(19) **日本国特許庁(JP)**

(12) 公 開 特 許 公 報(A)

(11)特許出願公開番号

テーマコード (参考)

特開2020-931 (P2020-931A)

(43) 公開日 令和2年1月9日(2020.1.9)

(51) Int.Cl. FL

4C161

A61B 1/06 (2006, 01) A 6 1 B 1/06610

> 審査請求 有 講求項の数 11 OL (全 33 頁)

(21) 出願番号 特願2019-186119 (P2019-186119) (22) 出願日 令和1年10月9日(2019.10.9) (62) 分割の表示 特願2018-216972 (P2018-216972)

の分割

原出願日 平成27年6月30日 (2015.6.30) (71) 出願人 306037311

富士フイルム株式会社

東京都港区西麻布2丁目26番30号

(74)代理人 110001988

特許業務法人小林国際特許事務所

(72) 発明者 大谷 健一

神奈川県足柄上郡開成町宮台798番地

富士フイルム株式会社内

(72) 発明者 杉崎 誠

神奈川県足柄上郡開成町宮台798番地

富士フイルム株式会社内

Fターム(参考) 4C161 CC06 JJ11 LL02 QQ07 RR02

RR22 RR23 TT03

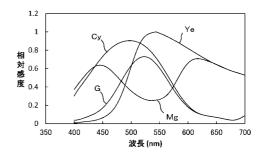
(54) 【発明の名称】内視鏡システム及び内視鏡システムの作動方法

(57)【要約】

【課題】互いに異なる色の光を独立して発光する複数の 光源を用いて連続スペクトル光を照明光に用いた場合と ほぼ同様に観察対象を観察可能にする内視鏡システム及 び内視鏡システムの作動方法を提供する。

【解決手段】V光、B光、G光、R光を、Cy画素、M g画素、Ye画素、G画素でそれぞれ受光して得る色毎 の光量積分値と光量比Сv:Сb:Сg:Сrとに基づ いて算出される値を、キセノンランプの連続スペクトル 光26を、Cy画素、Mg画素、Ye画素、G画素でそ れぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致させ る。

【選択図】図14



20

40

50

【特許請求の範囲】

【請求項1】

第1波長帯域の紫色光であるV光を発する紫色光源、第2波長帯域の青色光であるB光を発する青色光源、緑色光であるG光を発する緑色光源、及び、赤色光であるR光を発する赤色光源を有する複数の光源を有し、前記複数の光源が発光する光を重ね合わせた第1多色スペクトルを有する第1多色スペクトル光を発する光源部と、

異なる色に感度を有する複数色の画素を有する撮像センサであって、シアンに感度を有する Cy画素と、マゼンタに感度を有するMg画素と、イエローに感度を有するYe画素と、グリーンに感度を有するG画素とを有する撮像センサと、

前記複数の光源を制御し、前記第1多色スペクトル光を前記複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率を、キセノンランプ、ハロゲンランプ、または白色LEDが発光する白色光である連続スペクトル光を前記複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致させる光源制御部とを備え、

前記光源制御部は、

前記V光を前記Cy画素、前記Mg画素、前記Ye画素、及び前記G画素で受光して得る光量積分値をそれぞれVcy、Vmg、Vye、及びVgとし、前記B光を前記Cy画素、前記Mg画素、前記Ye画素、及び前記G画素で受光して得る光量積分値をそれぞれBcy、Bmg、Bye、及びBgとし、前記G光を前記Cy画素、前記Mg画素、前記Mg画素、可記Rとし、前記R光を前記Cy画素、前記Ye画素、及び前記G画素で受光して得る光量積分値をそれぞれRcy、Rmg、Rye、及びRgとし、前記連続スペクトル光を前記Cy画素、前記Mg画素、前記Ye画素、及び前記G画素で受光して得る光量積分値をそれぞれRcy、Rmg、Rye、及びRgとし、前記連続スペクトル光を前記Cy、ガ記Mg画素、前記Ye画素、及び前記R光の光量比Cv:CB:Cg:Crを算出する内視鏡システム。

【数4】

$$\begin{pmatrix} Xcy \\ Xmg \\ Xye \\ Xg \end{pmatrix} = Cv \begin{pmatrix} Vcy \\ Vmg \\ Vye \\ Vg \end{pmatrix} + Cb \begin{pmatrix} Bcy \\ Bmg \\ Bye \\ Bg \end{pmatrix} + Cg \begin{pmatrix} Gcy \\ Gmg \\ Gye \\ Gg \end{pmatrix} + Cr \begin{pmatrix} Rcy \\ Rmg \\ Rye \\ Rg \end{pmatrix}$$
 30

【請求項2】

第1波長帯域の紫色光であるV光を発する紫色光源、第2波長帯域の青色光であるB光を発する青色光源、第3波長帯域の緑色光であるG光を発する緑色光源、及び、第4波長帯域の赤色光であるR光を発する赤色光源を有する複数の光源を有し、前記複数の光源が発光する光を重ね合わせた第1多色スペクトルを有する第1多色スペクトル光を発する光源部と、

異なる色に感度を有する複数色の画素を有する撮像センサであって、シアンに感度を有するCy画素と、マゼンタに感度を有するMg画素と、イエローに感度を有するYe画素と、グリーンに感度を有するG画素とを有する撮像センサと、

前記複数の光源を制御し、前記第1多色スペクトル光を前記複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率を、キセノンランプ、ハロゲンランプ、または白色 LEDが発光する白色光である連続スペクトル光を前記複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致させる光源制御部とを備え、

前記光源制御部は、

前記撮像センサについて、前記 C y 画素、前記 M g 画素、前記 Y e 画素、及び前記 G 画素の感度を波長毎に合算した総合感度 S u m のカラーフィルタを有する S 画素とみなした場合おいて、前記 V 光の分光スペクトルを前記 S 画素の総合感度 S u m の波長毎の積を前

30

40

記 第 1 波 長 帯 域 、 前 記 第 2 波 長 帯 域 、 前 記 第 3 波 長 帯 域 、 及 び 前 記 第 4 波 長 帯 域 の 範 囲 で それぞれ積分することにより得られる光量積分値をVS1、VS2、VS3、VS4とし 、前記 B 光の分光スペクトルを前記 S 画素の総合感度 S u m の波長毎の積を前記第 1 波長 帯域、前記第2波長帯域、前記第3波長帯域、及び前記第4波長帯域の範囲でそれぞれ積 分することにより得られる光量積分値をBS1、BS2、BS3、BS4とし、前記G光 の分光スペクトルを前記S画素の総合感度Sumの波長毎の積を前記第1波長帯域、前記 第 2 波 長 帯 域 、 前 記 第 3 波 長 帯 域 、 及 び 前 記 第 4 波 長 帯 域 の 範 囲 で そ れ ぞ れ 積 分 す る こ と により得られる光量積分値をGS1、GS2、GS3、GS4とし、前記R光の分光スペ クトルを前記 S 画素の総合感度 S u m の波長毎の積を前記第 1 波長帯域、前記第 2 波長帯 域、 前 記 第 3 波 長 帯 域 、 及 び 前 記 第 4 波 長 帯 域 の 範 囲 で そ れ ぞ れ 積 分 す る こ と に よ り 得 ら れる光量積分値をRS1、RS2、RS3、RS4とし、前記連続スペクトル光の分光ス ペクトルを前記S画素の総合感度Sumの波長毎の積を前記第1波長帯域、前記第2波長 帯域、前記第3波長帯域、及び前記第4波長帯域の範囲でそれぞれ積分することにより得 られる光量積分値をXS1、XS2、XS3、XS4とした場合において、下記式5を満 たすように、前記V光、前記B光、前記G光、及び前記R光の光量比Cv:Cb:Cg: Crを算出する内視鏡システム。

【数5】

$$\begin{pmatrix} XS1 \\ XS2 \\ XS3 \\ XS4 \end{pmatrix} = Cv \begin{pmatrix} VS1 \\ VS2 \\ VS3 \\ VS4 \end{pmatrix} + Cb \begin{pmatrix} BS1 \\ BS2 \\ BS3 \\ BS4 \end{pmatrix} + Cg \begin{pmatrix} GS1 \\ GS2 \\ GS3 \\ GS4 \end{pmatrix} + Cr \begin{pmatrix} RS1 \\ RS2 \\ RS3 \\ RS4 \end{pmatrix}$$

【請求項3】

観察対象の種類毎に前記光量比Cv:Cb:Cg:Crを記憶する光量比記憶部を備え

前記光源制御部は、前記観察対象の種類毎の光量比Cv:Cb:Cg:Crのなかから光量比Cv:Cb:Cg:Crを選択する請求項1または2項に記載の内視鏡システム。

【請求項4】

前記複数の光源が発する光量をそれぞれ検出する光量検出部を備え、

前記光源制御部は、前記光量検出部による検出結果を用いて、前記複数の光源のうち、前記第1多色スペクトル光を形成する光量の指定値に対して、光量の不足が最も大きい最劣化光源の光量に合わせて、残りの光源の光量を設定する請求項1~3のいずれか1項に記載の内視鏡システム。

【請求項5】

前記光量検出部は、前記複数の光源が発光している間、前記複数の光源が発光する光の検出を繰り返し行う請求項4に記載の内視鏡システム。

【請求項6】

前記第1多色スペクトル光を前記複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率が、前記連続スペクトル光を前記複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致しているか否かを検証する検証部を備える請求項1~5のいずれか1項に記載の内視鏡システム。

【請求項7】

前記複数の光源が発する光量をそれぞれ検出する光量検出部を備え、

前記検証部は、前記光量検出部による検出結果を用いて、前記第1多色スペクトル光を前記複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率が、前記連続スペクトル光を前記複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致しているか否かを検証する請求項6に記載の内視鏡システム。

【請求項8】

20

30

40

50

前記検証部は、前記撮像センサの出力を用いて、前記第1多色スペクトル光を前記複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率が、前記連続スペクトル光を前記複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致しているか否かを検証する請求項6に記載の内視鏡システム。

【請求項9】

前記光源制御部は、前記検証部による検証結果を用いて前記複数の光源を制御する請求項6~8のいずれか1項に記載の内視鏡システム。

【請求項10】

第1波長帯域の紫色光であるV光を発する紫色光源、第2波長帯域の青色光であるB光を発する青色光源、緑色光であるG光を発する緑色光源、及び、赤色光であるR光を発する赤色光源を有する複数の光源を有し、前記複数の光源が発光する光を重ね合わせた第1多色スペクトルを有する第1多色スペクトル光を発する光源部と、異なる色に感度を有する複数色の画素を有する撮像センサであって、シアンに感度を有するCy画素と、マゼンタに感度を有するMg画素と、イエローに感度を有するYe画素と、グリーンに感度を有するG画素とを有する撮像センサと、を有する内視鏡システムの作動方法において、

光源制御部が、前記複数の光源を制御し、前記第1多色スペクトル光を前記複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率を、キセノンランプ、ハロゲンランプ、または白色LEDが発光する白色光である連続スペクトル光を前記複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致させるステップであって、

前記光源制御部は、

前記V光を前記Cy画素、前記Mg画素、前記Ye画素、及び前記G画素で受光して得る光量積分値をそれぞれVcy、Vmg、Vye、及びVgとし、前記B光を前記Cy画素、前記Mg画素、前記Ye画素、及び前記G画素で受光して得る光量積分値をそれぞれBcy、Bmg、Bye、及びBgとし、前記G光を前記Cy画素、前記Mg画素、前記Mg画素、前記Ye画素、及び前記Gッ の表、前記Ye画素、及び前記Gョ素で受光して得る光量積分値をそれぞれRcy、Rmg、Rye、及びRgとし、前記Gカーので受光して得る光量積分値をそれぞれRcy、Rmg、Rye、及びRgとし、前記連続スペクトル光を前記Cy画素、前記Mg画素、前記Ye画素、及び前記Gカーので受光して得る光量積分値をそれぞれXcy、Xmg、Xye、及びXgとした場合において、下に式4を満たすように、前記V光、前記B光、及び前記R光の光量比Cv:Cg:Cg:Crを算出するステップを有する内視鏡システムの作動方法。

【数4】

$$\begin{pmatrix} Xcy \\ Xmg \\ Xye \\ Xg \end{pmatrix} = Cv \begin{pmatrix} Vcy \\ Vmg \\ Vye \\ Vg \end{pmatrix} + Cb \begin{pmatrix} Bcy \\ Bmg \\ Bye \\ Bg \end{pmatrix} + Cg \begin{pmatrix} Gcy \\ Gmg \\ Gye \\ Gg \end{pmatrix} + Cr \begin{pmatrix} Rcy \\ Rmg \\ Rye \\ Rg \end{pmatrix}$$

【請求項11】

第1波長帯域の紫色光であるV光を発する紫色光源、第2波長帯域の青色光であるB光を発する青色光源、第3波長帯域の緑色光であるG光を発する緑色光源、及び、第4波長帯域の赤色光であるR光を発する赤色光源を有する複数の光源を有し、前記複数の光源が発光する光を重ね合わせた第1多色スペクトルを有する第1多色スペクトル光を発する光源部と、異なる色に感度を有する複数色の画素を有する撮像センサであって、シアンに感度を有するCy画素と、マゼンタに感度を有するMg画素と、イエローに感度を有するYe画素と、グリーンに感度を有するG画素とを有する撮像センサと、を備える内視鏡システムの作動方法において、

光源制御部が、前記複数の光源を制御し、前記第1多色スペクトル光を前記複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率を、キセノンランプ、ハロゲンランプ、または白色LEDが発光する白色光である連続スペクトル光を前記複数色の画素でそれ

ぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致させるステップであって、 前記光源制御部は、

前記撮像センサについて、前記Cy画素、前記Mg画素、前記Ye画素、及び前記G画 素 の 感 度 を 波 長 毎 に 合 算 し た 総 合 感 度 S u m の カ ラ ー フ ィ ル タ を 有 す る S 画 素 と み な し た 場合おいて、前記V光の分光スペクトルを前記S画素の総合感度Sumの波長毎の積を前 記 第 1 波 長 帯 域 、 前 記 第 2 波 長 帯 域 、 前 記 第 3 波 長 帯 域 、 及 び 前 記 第 4 波 長 帯 域 の 範 囲 で それぞれ積分することにより得られる光量積分値をVS1、VS2、VS3、VS4とし 、 前 記 B 光 の 分 光 ス ペ ク ト ル を 前 記 S 画 素 の 総 合 感 度 S u m の 波 長 毎 の 積 を 前 記 第 1 波 長 帯域、前記第2波長帯域、前記第3波長帯域、及び前記第4波長帯域の範囲でそれぞれ積 分することにより得られる光量積分値をBS1、BS2、BS3、BS4とし、前記G光 の分光スペクトルを前記S画素の総合感度Sumの波長毎の積を前記第1波長帯域、前記 第2波長帯域、前記第3波長帯域、及び前記第4波長帯域の範囲でそれぞれ積分すること により得られる光量積分値をGS1、GS2、GS3、GS4とし、前記 R 光の分光スペ クトルを前記S画素の総合感度Sumの波長毎の積を前記第1波長帯域、前記第2波長帯 域、前記第3波長帯域、及び前記第4波長帯域の範囲でそれぞれ積分することにより得ら れる光量積分値をRS1、RS2、RS3、RS4とし、前記連続スペクトル光の分光ス ペクトルを前記S画素の総合感度Sumの波長毎の積を前記第1波長帯域、前記第2波長 帯域、前記第3波長帯域、及び前記第4波長帯域の範囲でそれぞれ積分することにより得 られる光量積分値をXS1、XS2、XS3、XS4とした場合において、下記式5を満 たすように、前記V光、前記B光、前記G光、及び前記R光の光量比Cv:Cb:Cg: Crを算出するステップを有する内視鏡システムの作動方法。

【数5】

$$\begin{pmatrix} XS1 \\ XS2 \\ XS3 \\ XS4 \end{pmatrix} = Cv \begin{pmatrix} VS1 \\ VS2 \\ VS3 \\ VS4 \end{pmatrix} + Cb \begin{pmatrix} BS1 \\ BS2 \\ BS3 \\ BS4 \end{pmatrix} + Cg \begin{pmatrix} GS1 \\ GS2 \\ GS3 \\ GS4 \end{pmatrix} + Cr \begin{pmatrix} RS1 \\ RS2 \\ RS3 \\ RS4 \end{pmatrix}$$

【発明の詳細な説明】

【技術分野】

[0001]

本発明は、観察対象に照射する照明光を複数の光源を用いて形成する内視鏡システム及び内視鏡システムの作動方法に関する。

【背景技術】

[0002]

医療分野においては、内視鏡光源装置、内視鏡、及びプロセッサ装置を備える内視鏡システムを用いた診断が広く行われている。内視鏡光源装置は、体腔の粘膜等の観察対象に照射する光(以下、照明光という)を発生する装置である。内視鏡光源装置には、従来、キセノンランプ等の広帯域な連続スペクトルを有する光(以下、連続スペクトル光という)を発する光源が用いられてきたが、近年では、キセノンランプ等の広帯域光源の代わりに、LED(Light Emitting Diode)等の半導体光源が用いられつつある。光源に半導体光源を用いる場合には、例えば、青色LED、緑色LED、及び赤色LEDなどの互いに異なる色の光を発光する複数の半導体光源を組み合わせて用いることにより、これらの光を重ね合わせた分光スペクトルを有する光(以下、多色スペクトル光という)が照明光になる。

[0 0 0 3]

例えば、特許文献 1 の内視鏡システムは、内視鏡光源装置に 4 個の独立制御可能な半導体光源を搭載し、各々の発光量を制御することで照明光の分光スペクトル(波長毎の光量分布)を調整することで、取得したい画像特性に応じた最適な特性を有する照明光を観察

10

20

30

40

対象に照射できるようにしている。具体的には、明るさに対するダイナミックレンジの大きな画像、色温度が低い画像、色温度が高い画像、及び特殊な狭帯域波長を狭いエリアに 照射した場合の画像を得るために、それぞれ照明光の分光スペクトル等を調節している。

[0004]

また、特許文献2の内視鏡システムは、複数の独立制御可能な半導体光源を搭載しており、内視鏡の機種を識別し、内視鏡の機種に応じて各半導体光源の駆動条件を設定している。具体的には、機種によって照明光を伝搬するためのライトガイドの光透過特性が異なるので、内視鏡の機種を識別して、ライトガイドの光透過特性に応じた各半導体光源の光量比を設定している。

【先行技術文献】

10

20

【特許文献】

[00005]

【特許文献 1 】特開 2 0 1 3 - 2 5 5 6 5 5 号公報

【特許文献2】特開2013-202166号公報

【発明の概要】

【発明が解決しようとする課題】

[0006]

上記のように、内視鏡システムで用いる照明光は、従来のキセノンランプ等による連続スペクトル光から、複数の半導体光源による多色スペクトル光になりつつあるが、連続スペクトル光と多色スペクトル光とでは、それぞれ分光スペクトルが異なっているので、連続スペクトル光を照射して撮像した観察対象の画像と、多色スペクトル光を照射して撮像した観察対象であっても見え方が異なる場合がある。連続スペクトル光を照明光に用いる場合と、多色スペクトル光を照明光に用いる場合とでの観察対象の見え方の違いは一概にどちらが優れているとは言えないが、複数の半導体光源が独立制御可能であり、観察対象等に応じて分光スペクトルを調節できる分、多色スペクトル光を照明光に用いる場合の方が柔軟に観察できる利点がある。

[0007]

一方、内視鏡システムでは、キセノンランプ等による連続スペクトル光を照明光として用いてきた期間が長いので、多くの医師はキセノンランプ等による連続スペクトル光を照射した場合の観察対象の見え方に慣れている。このため、複数の半導体光源による多色スペクトル光を照明光に用いる場合でも従前のキセノンランプ等による連続スペクトル光を照明光に用いた場合と同様に観察できるようにしておくことが望まれている。また、過去の症例として蓄積されている内視鏡画像の多くも、キセノンランプ等による連続スペクトル光によって撮影されているので、複数の半導体光源による多色スペクトル光を照明光に用いる場合でも、過去の症例と単純に比較しやすくするために、連続スペクトル光を照明光に用いた場合と同様の内視鏡画像を得られるようにしておくことが望まれている。

[0008]

上記の要望に応えるためには、複数の半導体光源で連続スペクトル光の分光スペクトルを再現できれば良いが、実際には、複数の半導体光源で連続スペクトル光の分光スペクトルを完全に再現することはできない。例えば、中心波長から離れた波長ほど光量が小さくなる青色LED及び緑色LEDを光源として用いる場合、これらの中間色(青色と緑色の中間付近の波長)の光量は、青色LEDと緑色LEDの光量を調節しただけでは変化し難く、青色LED及び緑色LEDの各中心波長を連続スペクトル光の光量に近づけると、青色と緑色の中間色の光量は連続スペクトル光の光量を大幅に下回る。逆に、青色と緑色の中間色の光量は連続スペクトル光の光量を大幅に下回る。逆に、青色と緑色の中間色の光量を連続スペクトル光に近づけるために青色LEDの光量を増大させると、青色LEDの中心波長付近の色や緑色LEDの中心波長の色では連続スペクトル光の光量を大幅に超過してしまう。

[0009]

本発明は、互いに異なる色の光を独立して発光する複数の光源を用いて、これらの光を 重ね合わせた多色スペクトル光を照明光として用いる場合でも、連続スペクトル光を照明

50

光に用いた場合とほぼ同様に観察対象を観察可能にする内視鏡システム及び内視鏡システムの作動方法を提供することを目的とする。

【課題を解決するための手段】

[0010]

本発明の内視鏡システムは、第1波長帯域の紫色光であるV光を発する紫色光源、第2 波長帯域の青色光であるB光を発する青色光源、緑色光であるG光を発する緑色光源、及 び、 赤 色 光 で あ る R 光 を 発 す る 赤 色 光 源 を 有 す る 複 数 の 光 源 を 有 し 、 複 数 の 光 源 が 発 光 す る光を重ね合わせた第1多色スペクトルを有する第1多色スペクトル光を発する光源部と 、異なる色に感度を有する複数色の画素を有する撮像センサであって、シアンに感度を有 するCy画素と、マゼンタに感度を有するMg画素と、イエローに感度を有するYe画素 と、グリーンに感度を有するG画素とを有する撮像センサと、複数の光源を制御し、第1 多 色 ス ペ ク ト ル 光 を 複 数 色 の 画 素 で そ れ ぞ れ 受 光 し て 得 る 色 毎 の 光 量 積 分 値 の 比 率 を 、 キ セノンランプ、ハロゲンランプ、または白色LEDが発光する白色光である連続スペクト ル光を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致させる光源制 御部とを備え、光源制御部は、V光をCy画素、Mg画素、Ye画素、及びG画素で受光 して得る光量積分値をそれぞれVcy、Vmg、Vye、及びVgとし、B光をCy画素 、Mg画素、Ye画素、及びG画素で受光して得る光量積分値をそれぞれBcy、Bmg 、Bye、及びBgとし、G光をCy画素、Mg画素、Ye画素、及びG画素で受光して 得る光量積分値をそれぞれGcy、Gmg、Gye、及びGgとし、R光をCy画素、M g画素、Ye画素、及びG画素で受光して得る光量積分値をそれぞれRcy、Rmg、R y e 、及び R g とし、連続スペクトル光を C y 画素、 M g 画素、 Y e 画素、及び G 画素で 受光して得る光量積分値をそれぞれXcy、Xmg、Xye、及びXgとした場合におい て、下記式 4 を満たすように、 V 光、 B 光、 G 光、 及び R 光の光量比 C v : C b : C g : Crを算出する内視鏡システム。

[0 0 1 1]

【数4】

$$\begin{pmatrix} Xcy \\ Xmg \\ Xye \\ Xa \end{pmatrix} = Cv \begin{pmatrix} Vcy \\ Vmg \\ Vye \\ Va \end{pmatrix} + Cb \begin{pmatrix} Bcy \\ Bmg \\ Bye \\ Ba \end{pmatrix} + Cg \begin{pmatrix} Gcy \\ Gmg \\ Gye \\ Ga \end{pmatrix} + Cr \begin{pmatrix} Rcy \\ Rmg \\ Rye \\ Ra \end{pmatrix}$$

第1波長帯域の紫色光であるV光を発する紫色光源、第2波長帯域の青色光であるB光 を発する青色光源、第3波長帯域の緑色光であるG光を発する緑色光源、及び、第4波長 帯 域 の 赤 色 光 で あ る R 光 を 発 す る 赤 色 光 源 を 有 す る 複 数 の 光 源 を 有 し 、 複 数 の 光 源 が 発 光 する光を重ね合わせた第1多色スペクトルを有する第1多色スペクトル光を発する光源部 と、異なる色に感度を有する複数色の画素を有する撮像センサであって、シアンに感度を 有する C V 画素と、マゼンタに感度を有する M g 画素と、イエローに感度を有する Y e 画 素と、グリーンに感度を有するG画素とを有する撮像センサと、複数の光源を制御し、第 1 多 色 ス ペ ク ト ル 光 を 複 数 色 の 画 素 で そ れ ぞ れ 受 光 し て 得 る 色 毎 の 光 量 積 分 値 の 比 率 を 、 キセノンランプ、ハロゲンランプ、または白色LEDが発光する白色光である連続スペク トル光を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致させる光源 制御部とを備え、光源制御部は、撮像センサについて、Cy画素、Mg画素、Ye画素、 及 び G 画 素 の 感 度 を 波 長 毎 に 合 算 し た 総 合 感 度 S u m の カ ラ ー フ ィ ル タ を 有 す る S 画 素 と みなした場合おいて、V光の分光スペクトルをS画素の総合感度Sumの波長毎の積を第 1波長帯域、第2波長帯域、第3波長帯域、及び第4波長帯域の範囲でそれぞれ積分する ことにより得られる光量積分値をVS1、VS2、VS3、VS4とし、B光の分光スペ クトルをS画素の総合感度Sumの波長毎の積を第1波長帯域、第2波長帯域、第3波長 帯 域 、 及 び 第 4 波 長 帯 域 の 範 囲 で そ れ ぞ れ 積 分 す る こ と に よ り 得 ら れ る 光 量 積 分 値 を B S

10

20

30

40

20

30

40

50

1、BS2、BS3、BS4とし、G光の分光スペクトルをS画素の総合感度Sumの波長毎の積を第1波長帯域、第2波長帯域、前記第3波長帯域、及び前記第4波長帯域の範囲でそれぞれ積分することにより得られる光量積分値をGS1、GS2、GS3、GS4とし、R光の分光スペクトルをS画素の総合感度Sumの波長毎の積を第1波長帯域、第2波長帯域、第3波長帯域、及び第4波長帯域の範囲でそれぞれ積分することにより得られる光量積分値をRS1、RS2、RS3、RS4とし、連続スペクトル光の分光スペクトルをS画素の総合感度Sumの波長毎の積を第1波長帯域、第2波長帯域、第3波長帯域、及び第4波長帯域の範囲でそれぞれ積分することにより得られる光量積分値をXS1、XS2、XS3、XS4とした場合において、下記式5を満たすように、V光、B光、G光、及びR光の光量比Cv:Cb:Cg:Crを算出する内視鏡システム。

[0012]

【数5】

$$\begin{pmatrix} XS1 \\ XS2 \\ XS3 \\ XS4 \end{pmatrix} = Cv \begin{pmatrix} VS1 \\ VS2 \\ VS3 \\ VS4 \end{pmatrix} + Cb \begin{pmatrix} BS1 \\ BS2 \\ BS3 \\ BS4 \end{pmatrix} + Cg \begin{pmatrix} GS1 \\ GS2 \\ GS3 \\ GS4 \end{pmatrix} + Cr \begin{pmatrix} RS1 \\ RS2 \\ RS3 \\ RS4 \end{pmatrix}$$

観察対象の種類毎に光量比Cv:Cb:Cg:Crを記憶する光量比記憶部を備え、光源制御部は、観察対象の種類毎の光量比Cv:Cb:Cg:Crのなかから光量比Cv:Cb:Cg:Crを選択することが好ましい。複数の光源が発する光量をそれぞれ検出する光量検出部を備え、光源制御部は、光量検出部による検出結果を用いて、複数の光源のうち、第1多色スペクトル光を形成する光量の指定値に対して、光量の不足が最も大きい最劣化光源の光量に合わせて、残りの光源の光量を設定することが好ましい。光量検出部は、複数の光源が発光している間、複数の光源が発光する光の検出を繰り返し行うことが好ましい。

[0013]

第1多色スペクトル光を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率が、連続スペクトル光を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致しているか否かを検証する検証部を備えることが好ましい。複数の光源が発する光量をそれぞれ検出する光量検出部を備え、検証部は、光量検出部による検出結果を用いて、第1多色スペクトル光を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に、連続スペクトル光を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に、第1多色スペクトル光を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率が、連続スペクトル光を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致しているか否かを検証することが好ましい。光源制御部は、検証部による検証結果を用いて複数の光源を制御することが好ましい。

[0014]

画素、Mg画素、Ye画素、及びG画素で受光して得る光量積分値をそれぞれVcy、Vmg、Vye、及びVgとし、B光をCy画素、Mg画素、Ye画素、及びG画素で受光して得る光量積分値をそれぞれBcy、Bmg、Bye、及びBgとし、G光をCy画素、Mg画素、Ye画素、及びG画素で受光して得る光量積分値をそれぞれGcy、Gmg、Gye、及びGgとし、R光をCy画素、Mg画素、Ye画素、及びG画素で受光して得る光量積分値をそれぞれRcy、Rmg、Rye、及びRgとし、連続スペクトル光をCy画素、Mg画素、Ye画素、及びG画素で受光して得る光量積分値をそれぞれXcy、Xmg、Xye、及びXgとした場合において、下記式4を満たすように、V光、B光、牙光、及びR光の光量比Cv:Cb:Cg:Crを算出するステップを有する。

[0015]

【数4】

$$\begin{pmatrix} Xcy \\ Xmg \\ Xye \\ Xg \end{pmatrix} = Cv \begin{pmatrix} Vcy \\ Vmg \\ Vye \\ Vg \end{pmatrix} + Cb \begin{pmatrix} Bcy \\ Bmg \\ Bye \\ Bg \end{pmatrix} + Cg \begin{pmatrix} Gcy \\ Gmg \\ Gye \\ Gg \end{pmatrix} + Cr \begin{pmatrix} Rcy \\ Rmg \\ Rye \\ Rg \end{pmatrix}$$

本発明は、第1波長帯域の紫色光であるV光を発する紫色光源、第2波長帯域の青色光 で あ る B 光 を 発 す る 青 色 光 源 、 第 3 波 長 帯 域 の 緑 色 光 で あ る G 光 を 発 す る 緑 色 光 源 、 及 び 、 第 4 波 長 帯 域 の 赤 色 光 で あ る R 光 を 発 す る 赤 色 光 源 を 有 す る 複 数 の 光 源 を 有 し 、 複 数 の 光源が発光する光を重ね合わせた第1多色スペクトルを有する第1多色スペクトル光を発 する光源部と、異なる色に感度を有する複数色の画素を有する撮像センサであって、シア ンに感度を有するCy画素と、マゼンタに感度を有するMg画素と、イエローに感度を有 するYe画素と、グリーンに感度を有するG画素とを有する撮像センサと、を備える内視 鏡 シ ス テ ム の 作 動 方 法 に お い て 、 光 源 制 御 部 が 、 複 数 の 光 源 を 制 御 し 、 第 1 多 色 ス ペ ク ト ル 光 を 複 数 色 の 画 素 で そ れ ぞ れ 受 光 し て 得 る 色 毎 の 光 量 積 分 値 の 比 率 を 、 キ セ ノ ン ラ ン プ 、ハロゲンランプ、または白色LEDが発光する白色光である連続スペクトル光を複数色 の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致させるステップであって、 光源制御部は、撮像センサについて、Cy画素、Mg画素、Ye画素、及びG画素の感度 を波長毎に合算した総合感度Sumのカラーフィルタを有するS画素とみなした場合おい て、 V 光の分光スペクトルを S 画素の総合感度 S u m の波長毎の積を第 1 波長帯域、第 2 波長帯域、第3波長帯域、及び第4波長帯域の範囲でそれぞれ積分することにより得られ る光量積分値をVS1、VS2、VS3、VS4とし、B光の分光スペクトルをS画素の 総合感度Sumの波長毎の積を第1波長帯域、第2波長帯域、第3波長帯域、及び第4波 長帯域の範囲でそれぞれ積分することにより得られる光量積分値をBS1、BS2、BS 3、BS4とし、G光の分光スペクトルをS画素の総合感度Sumの波長毎の積を第1波 長帯域、第2波長帯域、第3波長帯域、及び第4波長帯域の範囲でそれぞれ積分すること により得られる光量積分値をGS1、GS2、GS3、GS4とし、R光の分光スペクト ルをS画素の総合感度Sumの波長毎の積を第1波長帯域、第2波長帯域、第3波長帯域 、 及 び 第 4 波 長 帯 域 の 範 囲 で そ れ ぞ れ 積 分 す る こ と に よ り 得 ら れ る 光 量 積 分 値 を R S 1 、 RS2、RS3、RS4とし、連続スペクトル光の分光スペクトルをS画素の総合感度S umの波長毎の積を第1波長帯域、第2波長帯域、第3波長帯域、及び第4波長帯域の範 囲でそれぞれ積分することにより得られる光量積分値をXS1、XS2、XS3、XS4 とした場合において、下記式 5 を満たすように、 V 光、 B 光、 G 光、 及び R 光の光量比 C v: Cb: Cg: Crを算出するステップを有する。

[0016]

10

20

30

【数5】

$$\begin{pmatrix} XS1 \\ XS2 \\ XS3 \\ XS4 \end{pmatrix} = Cv \begin{pmatrix} VS1 \\ VS2 \\ VS3 \\ VS4 \end{pmatrix} + Cb \begin{pmatrix} BS1 \\ BS2 \\ BS3 \\ BS4 \end{pmatrix} + Cg \begin{pmatrix} GS1 \\ GS2 \\ GS3 \\ GS4 \end{pmatrix} + Cr \begin{pmatrix} RS1 \\ RS2 \\ RS3 \\ RS4 \end{pmatrix}$$

【発明の効果】

[0017]

本発明の内視鏡システム及び内視鏡システムの作動方法は、複数の光源が発光する光を重ね合わせた多色スペクトル光を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率を、白色光源が発光する光の少なくとも一部の波長帯域を有する連続スペクトル光を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致させることにより、多色スペクトル光を照明光として用いる場合でも、連続スペクトル光を照明光に用いた場合とほぼ同様に観察対象を観察可能にすることができる。

【図面の簡単な説明】

[0018]

- 【 図 1 】 内 視 鏡 シ ス テ ム の 外 観 図 で あ る 。
- 【図2】内視鏡システムの機能を示すブロック図である。
- 【図3】多色スペクトル光の分光スペクトルを示すグラフである。
- 【図4】キセノンランプが発する連続スペクトル光の分光スペクトルを示すグラフである
- 【図5】カラーフィルタの分光スペクトルを示すグラフである。
- 【図 6 】 V 光、 B 光、 G 光、 及び R 光とキセノンランプが発する連続スペクトル光の分光 スペクトルを示すグラフである。
- 【図7】第1多色スペクトル光のV光とB光のバランスを示すグラフである。
- 【図8】食道の反射率を示すグラフである。
- 【図9】V光、B光、G光、及びR光の戻り光を示すグラフである。
- 【図10】キセノンランプの連続スペクトル光の戻り光を示すグラフである。
- 【図11】食道の反射率を考慮した第1多色スペクトル光を示すグラフである。
- 【図12】食道、胃、及び大腸の反射率を示すグラフである。
- 【図13】観察対象の種類に対応して第1多色スペクトル光を形成する各色光の光量比を 変える内視鏡システムのブロック図である。
- 【図14】補色系カラーフィルタの分光スペクトルを示すグラフである。
- 【図15】補色系カラーフィルタの総合感度を示すグラフである。
- 【図16】補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を示すグラフである。
- 【図17】第2多色スペクトル光の分光スペクトルを示すグラフである。
- 【図 1 8 】内視鏡の機種によって第 1 多色スペクトル光と第 2 多色スペクトル光を切り替える内視鏡システムのブロック図である。
- 【図19】内視鏡の機種によって第1多色スペクトル光と第2多色スペクトル光を切り替える内視鏡システムのブロック図である。
- 【図20】半導体光源の経時劣化を示すグラフである。
- 【図21】半導体光源の経時劣化に対応した第1多色スペクトル光を発光する内視鏡システムのブロック図である。
- 【図22】半導体光源が経時劣化した場合の第1多色スペクトル光の分光スペクトルを示すグラフである。
- 【図23】最も経時劣化した光源に合わせて光量を調節した第1多色スペクトル光の分光スペクトルを示すグラフである。
- 【図24】検証部を有する内視鏡システムのブロック図である。

10

20

30

40

- 【 図 2 5 】検 証 部 を 有 す る 内 視 鏡 シ ス テ ム の ブ ロ ッ ク 図 で あ る 。
- 【図26】帯域制限部を設けた内視鏡システムのブロック図である。
- 【図27】カプセル内視鏡の概略図である。

【発明を実施するための形態】

[0019]

「第1実施形態]

図1に示すように、内視鏡システム10は、内視鏡12と、内視鏡光源装置14と、プロセッサ装置16と、モニタ18と、コンソール19とを有する。内視鏡12は内視鏡光源装置14と光学的に接続されるとともに、プロセッサ装置16と電気的に接続される。内視鏡12は、被検体内に挿入される挿入部12aと、挿入部12aの基端部分に設けられた操作部12bと、挿入部12aの先端側に設けられた湾曲部12c及び先端部12dを有している。操作部12bのアングルノブ12eを操作することにより、湾曲部12cは湾曲動作する。この湾曲動作によって、先端部12dが所望の方向に向けられる。また、操作部12bには、アングルノブ12eの他、ズーム操作部13等が設けられている。

[0020]

プロセッサ装置16は、モニタ18及びコンソール19と電気的に接続される。モニタ 18は、各観察モードの画像や画像に付帯する画像情報等を出力表示する。コンソール1 9は、機能設定等の入力操作を受け付けるユーザインタフェースとして機能する。なお、 プロセッサ装置16には、画像や画像情報等を記録する外付けの記録部(図示省略)を接 続してもよい。

[0021]

図2に示すように、内視鏡光源装置14は、観察対象に照射する照明光を発生する装置であり、複数の光源を有する光源部20と、光源部20の各光源を制御する光源制御部2 2と、光源部20が発する光の光路を結合する光路結合部23とを備えている。

[0022]

光源部20は、紫色LED(以下、V-LED(Violet Light Emitting Diode)という)20a、青色LED(以下、B-LED(Blue Light Emitting Diode)という)20b、緑色LED(以下、G-LED(Green Light Emitting Diode)という)20c、及び、赤色LED(以下、R-LED(Red Light Emitting Diode)という)20dの4色のLEDを有する。

[0023]

図3に示すように、V-LED20aは、中心波長405nm、波長帯域380~420nmの紫色光(以下、V光という)を発光する紫色光源である。B-LED20bは、中心波長450nm、波長帯域420~490nmの青色光(以下、B光という)を発する青色光源である。G-LED20cは、中心波長が524nm~525nm、波長帯域が480nm~590nmの緑色光(以下、G光という)を発する緑色光源である。R-LED20dは、中心波長が628~629nmであり、波長帯域が580~700nmの赤色光(以下、R光という)を発光する赤色光源である。なお、これらの各LED20a~20dの中心波長は±5nmから±10nm程度の幅を有する。

[0024]

光源部20は、これらの互いに異なる色の光を独立して発光する複数の光源によって、V光、B光、G光、及びR光を重ね合わせた多色スペクトルを有する多色スペクトル光を発する。V-LED20aの波長帯域とB-LED20bの波長帯域には重複があり、B-LED20bの波長帯域とG-LED20cの波長帯域にも重複があり、かつ、G-LED20cの波長帯域とR-LED20cの波長帯域にも重複がある。また、各LED20a~20dの発光量(以下、単に光量という)はそれぞれ独立に制御可能であるため、多色スペクトル光の分光スペクトルは、各LED20a~20dの光量を変えることによって変化させることができる。本実施形態では、光源部20は、図4に示す従来の内視鏡システムが用いてきたキセノンランプが発する白色光の広帯域な連続スペクトル光26を照明光として用いて観察する場合を模倣する特定のバランスで、V光、B光、G光、及び

10

20

30

40

20

30

40

50

R 光を発光する。このキセノンエミュレートモードで光源部 2 0 が発する多色スペクトル光を、以下では第 1 多色スペクトル光という。図 3 に示す分光スペクトルを有する多色スペクトル光が、本実施形態の第 1 多色スペクトル光 2 5 であり、第 1 多色スペクトル光 2 5 の分光スペクトルが第 1 多色スペクトルである。

[0 0 2 5]

光源制御部22は、光源部20が有する各LED20a~20dの駆動電流や駆動電圧、駆動電流または駆動電圧を各LED20a~20dにパルス入力する際のパルス幅やパルス長等を個別に制御することによって、各LED20a~20dが発する各光の発光タイミングや光量を制御する。本実施形態では、光源部20から第1多色スペクトル光25を発光する場合、光源制御部22は、各LED20a~20dを同時に点灯し、かつ、各LED20a~20dの発光量の比(以下、光量比という)を制御する。そして、光源制御部22は、各LED20a~20dの光量比を制御することで、第1多色スペクトル光25を撮像センサ48の複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率を、連続スペクトル光26を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致させる。

[0026]

光量積分値とは、撮像センサ 4 8 が複数色の各画素で光電変換して得る信号電荷の量である。このため、撮像センサ 4 8 の機種や設定等によっては、複数色の各画素で異なるゲインをかけて信号電荷の読み出しを行って画像信号を出力するが、光量積分値は撮像センサ 4 8 が信号電荷の読み出し時にかけるゲインの値には依存しない。また、光量積分値は、プロセッサ装置 1 6 が画像信号に対して行う信号処理の内容にも依存しない。本実施形態では、光量積分値は、光源部 2 0 が発する第 1 多色スペクトル光(あるいはキセノンランプの連続スペクトル光 2 6) の分光スペクトルと、撮像センサ 4 8 のカラーフィルタの分光スペクトルの波長毎の積を、カラーフィルタの波長帯域毎に積分して算出する。

[0027]

連続スペクトルとは白色光源が発光する光の少なくとも一部の波長帯域を有する光の分光スペクトルであり、連続スペクトル光とは連続スペクトルを有する光である。白色光源とは、1つの光源から可視光域(例えば400nmから700nm)にわたってなだらかな分布の光を出す光源である。より具体的には、白色光源とは、キセノンランプや、ハロゲンランプ、または白色 LED等である。また、白色光源が発光する光の少なくとも一部の波長帯域を有する光とは、白色光源が発光する光からカラーフィルタ等によって抽出した光をいう。

[0028]

多色スペクトルとは、複数の光源がそれぞれ発光する光の分光スペクトルを重ね合わせて得る1つの分光スペクトルであり、複数の光源が発光する光を重ね合わせた光が多色スペクトル光である。広帯域とは、光源部20で用いる複数の光源(LED20a~20d)のうち少なくとも1個の光源が発光する光の波長帯域よりも波長帯域が広いことを表す。キセノンランプの白色光は、LED20aが発光するV光の波長帯域(紫色波長帯域)、LED20cが発光するG光の波長帯域(緑色波長帯域)、及び、LED20dが発光するR光の波長帯域(赤色波長帯域)の各波長帯域よりも波長帯域が広く、これら全ての波長帯域(波長350nm以上700nm未満)の各波長の成分を含み、かつ、可視光域にわたってなだらかな分布を有する光である。したがって、キセノンランプが発光する白色光は、広帯域な連続スペクトル光26である。

[0029]

光源部 2 0 が発光する多色スペクトル光(第 1 多色スペクトル光 2 5)は、光路結合部 2 3 を介して挿入部 1 2 a 内に挿通されたライトガイド 4 1 に入射される。ライトガイド 4 1 は、内視鏡 1 2 及びユニバーサルコード(内視鏡 1 2 と内視鏡光源装置 1 4 及びプロセッサ装置 1 6 とを接続するコード)内に内蔵されており、光路結合部 2 3 から導光される照明光を内視鏡 1 2 の先端部 1 2 d まで伝搬する。なお、ライトガイド 4 1 としては、

20

30

40

50

マルチモードファイバを使用することができる。一例として、コア径105μm、クラッド径125μm、外皮となる保護層を含めた経が 0.3~0.5mmの細径なファイバケーブルを使用することができる。

[0030]

内視鏡12の先端部12dには、照明光学系30aと撮像光学系30bが設けられている。照明光学系30aは照明レンズ45を有しており、この照明レンズ45を介して、ライトガイド41によって伝搬された照明光は観察対象に照射される。撮像光学系30bは、対物レンズ46、ズームレンズ47、撮像センサ48を有している。観察対象からの戻り光(反射光の他、観察対象等から発生する蛍光を含む光)は、対物レンズ46及びズームレンズ47を介して撮像センサ48に入射する。これにより、撮像センサ48に観察対象が結像される。なお、ズームレンズ47は、ズーム操作部13を操作することで、テレ端とワイド端の間で自在に移動され、撮像センサ48に結像する観察対象を拡大または縮小する。

[0031]

撮像センサ48は、異なる色に感度を有する複数色の画素を有する。すなわち、撮像センサ48には、互いに色(カラーフィルタの分光スペクトル)が異なる画素がある。より具体的には、撮像センサ48は、青、緑、及び赤を含む原色系カラーフィルタを有する原色系カラー撮像センサであり、観察対象からの戻り光を複数色の画素でそれぞれ撮像して各色の画像信号を出力する。撮像センサ48としては、CCD(Charge Coupled Device)撮像センサやCMOS(Complementary Metal-Oxide Semiconductor)撮像センサを利用可能である。本実施形態では、撮像センサ48は、図5に示す分光スペクトルを有する青色カラーフィルタ(以下、Bフィルタという)、緑色カラーフィルタ(以下、Gフィルタという)、及び赤色カラーフィルタ(以下、Rフィルタという)の3色のカラーフィルタのいずれかが各画素に設けられている。

[0032]

Bフィルタが設けられたB画素(青色画素)は、観察対象からの戻り光のうちBフィルタを透過する青色光成分を受光し、Gフィルタが設けられたG画素(緑色画素)は、観察対象からの戻り光のうちGフィルタを透過する緑色光成分を受光する。同様に、Rフィルタが設けられたR画素(赤色画素)は、観察対象からの戻り光のうちRカラーフィルタを透過する赤色光成分を受光する。したがって、光源部20が第1多色スペクトル光25を発光する場合、B画素は第1多色スペクトル光25のうち、V光とB光の各戻り光を受光し、B画像信号(青色画像信号)を出力する。同様に、光源部20が第1多色スペクトル光25を発光する場合、G画素はG光の戻り光を受光してG画像信号(緑色画像信号)を出力し、かつ、R画素はR光の戻り光を受光してR画像信号(赤色画像信号)を出力する

[0033]

撮像センサ48が出力する各色の画像信号は、CDS/AGC回路50に送信される。 CDS/AGC回路50は、アナログ信号である画像信号に相関二重サンプリング(CDS;Correlated Double Sampling)や自動利得制御(AGC;Automatic Gain Control)を行う。CDS/AGC回路50を経た画像信号は、A/Dコンバータ51により、デジタル画像信号に変換される。A/D変換後のデジタル画像信号がプロセッサ装置16に入力される。

[0034]

プロセッサ装置 1 6 は、受信部 5 3 と、 D S P (Digital Signal Processor) 5 6 と、 ノイズ除去部 5 8 と、画像生成部 6 2 と、映像信号生成部 6 6 とを備えている。

[0035]

受信部53は、内視鏡12からデジタルのRGB画像信号を受信する。DSP56は、 受信した画像信号に対して、欠陥補正処理、オフセット処理、ゲイン補正処理、リニアマトリクス処理、ガンマ変換処理、及びデモザイク処理等の各種信号処理を施す。欠陥補正処理では、撮像センサ48の欠陥画素の信号が補正される。オフセット処理では、欠陥補

20

30

40

50

正処理が施されたRGB画像信号から暗電流成分が除かれ、正確な零レベルが設定される。ゲイン補正処理では、オフセット処理後のRGB画像信号に特定のゲインを乗じることにより信号レベルが整えられる。ゲイン補正処理後のRGB画像信号には、色再現性を高めるためのリニアマトリクス処理が施される。その後、ガンマ変換処理によって明るさや彩度が整えられる。リニアマトリクス処理後のRGB画像信号には、デモザイク処理(等方化処理、同時化処理とも言う)が施され、各画素で不足した色の信号が補間によって生成される。このデモザイク処理によって、全画素がRGB各色の信号を有するようになる

[0036]

ノイズ除去部58は、DSP56でデモザイク処理等が施されたRGB画像信号に対してノイズ除去処理(例えば移動平均法やメディアンフィルタ法等による)を施すことによって、RGB画像信号からノイズを除去する。ノイズが除去されたRGB画像信号は、画像生成部62に送信される。

[0 0 3 7]

画像生成部62は、RGB画像信号に対して、色変換処理、色彩強調処理、及び構造強調処理を行い、画像(以下、内視鏡画像という)を生成する。色変換処理では、RGB画像信号に対して3×3のマトリックス処理、階調変換処理、及び3次元LUT(ルックアップテーブル)処理などにより色変換処理を行う。色彩強調処理は、色変換処理済みのRGB画像信号に対して行われる。構造強調処理は、例えば表層血管やピットパターン等の観察対象の構造を強調する処理であり、色彩強調処理後のRGB画像信号に対して行われる。上記のように、構造強調処理まで各種画像処理等を施したRGB画像信号を用いたカラー画像が内視鏡画像である。映像信号生成部66は、画像生成部62が生成した内視鏡画像をモニタ18で表示可能な画像として表示するための映像信号に変換する。この映像信号を用いて、モニタ18は内視鏡画像を表示する。

[0038]

以下、本実施形態の内視鏡システム10がキセノンエミュレートモードの照明光として使用する第1多色スペクトル光25の特性と、第1多色スペクトル光25を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比の求め方を説明する。

[0039]

まず、光源制御部22は、V光、B光、G光、及びR光の光量比を任意に変更することができるが、これらの各色光の光量比を調節するだけでは、図6に示すようにキセノンランプの連続スペクトル光26の分光スペクトルを再現することはできない。例えば、V光及びB光の光量を連続スペクトル光26に一致させても、これらの中間の波長帯域(約420nm~430nmの波長帯域)の光量は連続スペクトル光26の光量には及ばない。逆に、V光とB光の中間の波長帯域の光量を連続スペクトル光26の光量に一致させると、V光及びB光の中心波長の光量は連続スペクトル光26の光量を大幅に超過する。

[0040]

したがって、光源制御部 2 2 は、各色のLED 2 0 a ~ 2 0 d でキセノンランプの連続スペクトル光 2 6 を再現する代わりに、第 1 多色スペクトル光 2 5 をB画素で受光して得る光量積分値、及びR画素で受光して得る光量積分値の比率が、キセノンランプの連続スペクトル光 2 6 をB画素で受光して得る光量積分値、G 画素で受光して得る光量積分値、及びR画素で受光して得る光量積分値の比率にほぼ一致するように、V 光、B 光、G 光、及びR光の光量比を調節する。こうすると、第 1 多色スペクトル光 2 5 とキセノンランプの連続スペクトル光 2 6 の分光スペクトルが異なっていたとしても、結果として、撮像センサ 4 8 で観察対象を撮像して得る画像信号が等しくなるので、モニタ 1 8 に表示する内視鏡画像も実質的に同じものである。すなわち、分光スペクトルを一致させなくても、観察対象の見え方がキセノンランプを用いた場合と同じ内視鏡画像が得られる。

[0 0 4 1]

第1多色スペクトル光25を形成するV光をB画素、G画素、及びR画素で受光して得

20

30

50

る光量積分値をそれぞれVb、Vg、及びVrとする。同様に、第1多色スペクトル光25を形成するB光をB画素、G画素、及びR画素で受光して得る光量積分値をそれぞれBb、Bg、及びBrとし、第1多色スペクトル光25を形成するG光をB画素、G画素、及びR画素で受光して得る光量積分値をそれぞれGb、Gg、及びGrとし、第1多色スペクトル光25を形成するR光をB画素、G画素、及びR画素で受光して得る光量積分値をそれぞれRb、Rg、及びRrとする。

[0042]

V光をB画素で受光して得る光量積分値Vbは、例えば最大値(中心波長の光量)を「1」に規格化したV光の分光スペクトル(図6参照)とBカラーフィルタの分光スペクトル(図5参照)の波長毎の積を積分することにより求められる。V光の分光スペクトル及びBカラーフィルタの分光スペクトルは既知なので、V光をB画素で受光して得る光量積分値Vbは既知量である。他の光量積分値Vg、Vr、Bb、Bg、Br、Rb、Rg、及びRrも同様である。

[0 0 4 3]

また、キセノンランプの連続スペクトル光26をB画素で受光して得る光量積分値をXbとし、キセノンランプの連続スペクトル光26をG画素で受光して得る光量積分値をXgとし、かつ、キセノンランプの連続スペクトル光26をR画素で受光して得る光量積分値をXェとする。連続スペクトル光26をB画素で受光して得る光量積分値Xbは、例えば最大値を「1」に規格化したキセノンランプの連続スペクトル光26(図4または図6参照)とBカラーフィルタの分光スペクトル(図5参照)の波長毎の積を積分することにより求められる。連続スペクトル光26の分光スペクトル及びBカラーフィルタの分光スペクトルは既知なので、連続スペクトル光26をB画素で受光して得る光量積分値Xbは既知量である。他の光量積分値Xg及びXェも同様である。

[0044]

そして、第1多色スペクトル光25を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比をV光:B光:G光:R光=Cv:Cb:Cg:Crとする。これらCv、Cb、Cg、Crの値は変数であり、第1多色スペクトル光25をB画素で受光して得る光量積分値、G画素で受光して得る光量積分値の比率が、キセノンランプの連続スペクトル光26をB画素で受光して得る光量積分値、G画素で受光して得る光量積分値、及びR画素で受光して得る光量積分値の比率に一致するように決定する

[0045]

すなわち、第1多色スペクトル光25を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比Cv:Cb:Cg:Crは、数1を満たすように決定すればよいが、方程式の数よりも変数の数の方が多いので、このままではV光、B光、G光、及びR光の光量比Cv:Cb:Cg:Crを一意に定めることができない。

[0046]

【数1】

$$\begin{pmatrix} Xb \\ Xg \\ Xr \end{pmatrix} = Cv \begin{pmatrix} Vb \\ Vg \\ Vr \end{pmatrix} + Cb \begin{pmatrix} Bb \\ Bg \\ Br \end{pmatrix} + Cg \begin{pmatrix} Gb \\ Gg \\ Gr \end{pmatrix} + Cr \begin{pmatrix} Rb \\ Rg \\ Rr \end{pmatrix}$$

そこで、本実施形態ではまずB画素で受光するV光とB光の光量比(V光:B光=Kv:Kb)を決定する。具体的には、B画素で受光する波長帯域を、V光の第1波長帯域(波長380nm以上430nm未満)とB光の第2波長帯域(波長430nm以上480nm未満)の2つの波長帯域に区切る。そして、第1多色スペクトル光25の第1波長帯域の光量積分値と、キセノンランプの連続スペクトル光26の第1波長帯域の光量積分値と、キセノンラ

ンプの連続スペクトル光 2 6 の第 2 波長帯域の光量積分値を一致するように、 V 光と B 光の光量比 K v : K b を決定する。

[0047]

V光の第1及び第2波長帯域の各光量積分値をVb1及びVb2とし、B光の第1及び第2波長帯域の各光量積分値をBb1及びBb2とする。また、連続スペクトル光26の第1及び第2波長帯域の各光量積分値をXb1、Xb2とする。V光の第1波長帯域の光量積分値Vb1は、V光の分光スペクトルとBカラーフィルタの分光スペクトルの積を第1波長帯域で積分することで算出する。V光の分光スペクトルとBカラーフィルタの分光スペクトルは既知なので、V光の第1波長帯域の光量積分値Vb1は既知量である。他の光量積分値Vb2、Bb1、Bb2、Xb1、Xb2も同様である。

[0048]

したがって、V光とB光の光量比Kv:Kbは、数2によって算出できる。本実施形態では、図7に示すように、Kv:Kb 0 . 5 3 : 1 (0 . 3 5 : 0 . 6 5) である。 【 0 0 4 9 】

【数2】

$$\binom{Xb1}{Xb2} = Kv \binom{Vb1}{Vb2} + Kb \binom{Bb1}{Bb2}$$

第1多色スペクトル光25を形成するV光とB光の光量比Kv:Kbが定まれば、この光量比で合成したV光とB光の合成光を擬似的に青色光(以下、B2光という)として扱うことができる(図7参照)。

[0050]

このため、B2光をB画素で受光して得る光量積分値をB2b、B2光をG画素で受光して得る光量積分値をB2g、B2光をR画素で受光して得る光量積分値をB2rとし、第1多色スペクトル光25を形成するB2光、G光、及びR光の光量比をPb2:Pg:Prとすると、数3によってB2光、G光、及びR光の光量比Pb2:Pg:Prを算出することができる。本実施形態では、Pb2:Pg:Pr=1:1.64:1.65(0.24:0.36:0.40)である。

[0 0 5 1]

【数3】

$$\begin{pmatrix} Xb \\ Xg \\ Xr \end{pmatrix} = Pb2 \begin{pmatrix} B2b \\ B2g \\ B2r \end{pmatrix} + Pg \begin{pmatrix} Gb \\ Gg \\ Gr \end{pmatrix} + Pr \begin{pmatrix} Rb \\ Rg \\ Rr \end{pmatrix}$$

こうして第1多色スペクトル光25を形成するV光とB光の光量比Kv:Kbと、B2 光、G光、及びR光の光量比Pb2:Pg:Prが定まれば、これらを用いて第1多色スペクトル光25を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比Cv:Cb:Cg:Cr を算出することができる。本実施形態では、Cv:Cb:Cg:Cr=Kv/Kb:1: Pg/Pb2:Pr/Pb2=0.53:1:1.64:1.65(0.11:0.2 2:0.32:0.36)である。

[0052]

上記光量比Cv:Cb:Cg:CrでV光、B光、G光、及びR光を合成した多色スペクトル光が第1多色スペクトル光25である(図3参照)。内視鏡システム10は、V光

10

20

30

40

20

30

40

50

[0053]

具体的には、数1からも分かるように、例えば、第1多色スペクトル光25を用いた場合のG画素での光量積分値(CvVg+CbBg+CgGg+CrRg)に対するB画素での光量積分値(CvVb+CbBb+CgGb+CrRb)の比率(CvVb+CbBb+CgGg+CrRg)が、キセノンランプの連続スペクトル光26を用いる場合のG画素での光量積分値Xgに対するB画素での光量積分値Xbの比率Xb/Xgに一致する。かつ、第1多色スペクトル光25を用いた場合のG画素での光量積分値(CvVg+CbBg+CgGg+CrRg)に対するR画素での光量積分値(CvVr+CbBr+CgGr+CrRr)の比率(CvVr+CbBr+CgGr+CrRr)が、キセノンランプの連続スペクトル光26を用いる場合のG画素での光量積分値Xgに対するR画素での光量積分値Xェの比率Xr/Xgに一致する。

[0054]

すなわち、第1多色スペクトル光25を用いれば、撮像センサ48から得られる画像信号の色毎のバランスがキセノンランプの連続スペクトル光26を用いた場合とほぼ同じになる。このため、内視鏡システム10は、観察対象の見え方をキセノンランプの連続スペクトル光26を用いた場合とほぼ同じになる。また、DSP56で行う各種信号処理や、ノイズ除去部58で行うノイズ除去処理、画像生成部62で行う各種画像処理等で用いるゲインやマトリクスを再計算する必要もなく、従来と同じゲインやマトリクスを使用できるので、ノイズもキセノンランプの連続スペクトル光26を用いる場合とほぼ同じになる

[0055]

したがって、本実施形態のように撮像センサ48が、青色(第1色)に感度を有するB画素(第1色画素)と、緑色(第2色)に感度を有するG画素(第2色画素)と、赤色(第3色)に感度を有するR画素(第3色画素)と、を有する場合、光源制御部22は、V光、B光、G光、及びR光を上記光量比Cv:Cb:Cg:Crで発光させることにより、B画素で得る青色の光量積分値とG画素で得る第2色の光量積分値との比率を、第1多色スペクトル光25を用いる場合と連続スペクトル光26を用いる場合とで一致させ、かつ、R画素で得る赤色の光量積分値と緑色の光量積分値との比率を、第1多色スペクトル光25を用いる場合と連続スペクトル光26を用いる場合とで一致させる。

[0056]

第1多色スペクトル光25は、キセノンランプの連続スペクトル光26と比較すると、一部の波長帯域(V光とB光の中間の波長帯域等)の波長成分が少ないが、いわゆる表層血管やピットパターン等の粘膜の表層付近の構造の情報や、中深層血管等の粘膜下の中深層の構造に関する情報は、第1多色スペクトル光25を形成する各色光が十分に担持している。したがって、内視鏡システム10では、第1多色スペクトル光25を用いることで、こうした表層血管等の見え方も含めて観察対象の見え方をキセノンランプの連続スペクトル光26を用いた場合とほぼ一致する。逆に言えば、キセノンランプの連続スペクトル光26のうち、V光とB光の中間の波長帯域等の光は、内視鏡画像を明るくするが、第1多色スペクトル光25を形成する各色光と比較すると、表層血管や中深層血管等の観察対象の構造の見え方への寄与が少ない。このため、内視鏡観察には、第1多色スペクトル光25で不足はない。

[0057]

なお、第1多色スペクトル光25を撮像センサ48の複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率は、連続スペクトル光26を複数色の画素でそれぞれ受光し

て得る色毎の光量積分値の比率に対して少なくとも5%~10%程度の誤差を許容できる。視覚が色差の違いに比較的鈍感であることもあり、誤差が上記程度であれば、観察対象の見え方はキセノンランプの連続スペクトル光26を用いた場合とほぼ同じになるので、各比率はほぼ一致していると見做せる。したがって、本明細書等で言う、第1多色スペクトル光25を撮像センサ48の複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率と、連続スペクトル光26を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率の「一致」には、上記のような誤差を含んだ「ほぼ一致」も含む。

[0058]

[第2実施形態]

内視鏡システム10の観察対象は例えば食道であり、食道の反射率は、図8に示すように波長毎に異なる。このため、図9に示すように、V光、B光、G光、及びR光の各最大値を「1」に規格化した多色スペクトル光201を用いる場合でも、食道からの戻り光202は食道の反射率を反映して変化する。同様に、図10に示すように、キセノンランプの連続スペクトル光26を用いる場合でも、食道からの戻り光203は食道の反射率を反映して元の連続スペクトル光26から変化する。なお、食道の反射率には、食道からの反射光の光量の他に、食道の粘膜等を形成する組織から発生する蛍光の光量も含まれている。このため、戻り光202は多色スペクトル光201の反射光の他、多色スペクトル光201を照射したことによって食道から発生する蛍光も含む。戻り光203も同様である。【0059】

上記のように、食道からの戻り光202及び戻り光203は、食道の反射率を反映して変化するので、第2実施形態では、光源制御部22は、食道に照射した多色スペクトル光201の戻り光202を撮像センサ48の複数色の画素で受光して得る色毎の光量積分値の比率が、食道に照射したキセノンランプの連続スペクトル光26を撮像センサ48の複数の画素で受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致するように、V光、B光、G光、及びR光の光量比を制御する。

[0060]

このように、食道からの戻り光を撮像センサ48の複数色の画素で受光して得る色毎の光量積分値を、キセノンランプの連続スペクトル光26を撮像センサ48の複数の画素で受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致させた多色スペクトル光が、図11に示す第1多色スペクトル光225の食道からの戻り光である。

[0061]

数 1 ~数 3 で用いる各光量積分値の算出する際に、 V 光、 B 光、 G 光、 R 光、 及び連続スペクトル光 2 6 の代わりに戻り光 2 0 2 及び戻り光 2 0 3 のデータを用いれば、第 1 実施形態と同様にして、第 1 多色スペクトル光 2 2 5 を形成する V 光、 B 光、 G 光、 及び R 光の光量比 C v : C b : C g : C r を算出することができる。 具体的には、第 1 多色スペクトル光 2 2 5 の場合、 C v : C b : C g : C r = 0 . 5 3 : 1 : 1 . 3 6 : 1 . 3 3 (0 . 1 3 : 0 . 2 4 : 0 . 3 2 : 0 . 3 2) である。 なお、 第 1 多色スペクトル光 2 2 5 の場合、 K v : K b = 1 . 0 5 : 1 . 9 8 (0 . 3 5 : 0 . 6 5) であり、 P b 2 : P g : P r = 2 . 0 2 : 2 . 7 5 : 2 . 6 9 (= 0 . 2 7 : 0 . 3 7 : 0 . 3 6) である

[0062]

第2実施形態のように、特定の観察対象の性状を加味してV光、B光、G光、及びR光の光量比を設定した第1多色スペクトル光225を用いれば、特定の観察対象の見え方が、キセノンの連続スペクトル光26を用いる場合と特に正確に一致する。

[0063]

なお、観察対象の反射率は、観察対象の種類(部位)によって異なる。例えば、食道の他、胃や大腸等も内視鏡システム10の観察対象であるが、図12に示すように、食道と胃と大腸とでは各波長の反射率は異なる。したがって、食道の反射率を考慮した第1多色スペクトル光225を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比と、胃の反射率を考

10

20

30

40

慮した第1多色スペクトル光を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比とは異なる。同様に、大腸の反射率を考慮した第1多色スペクトル光を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比も、食道や胃の場合とは異なる。このため、食道や胃や大腸等の観察対象の種類に合わせて第1多色スペクトル光を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比を適切に制御することが好ましい。

[0064]

この場合、図13に示す内視鏡システム240のように、観察対象の種類毎に、複数のV光、B光、G光、及びR光の光量比を記憶する光量比記憶部241を設ける。光量比記憶部241には、例えば、食道用光量比251と胃用光量比252と大腸用光量比253を予め記憶しておく。そして、キセノンランプを模倣する第1多色スペクトル光を用いる場合、光源制御部22は、光量比記憶部241が記憶する複数の光量比のなかから、観察対象の種類に応じた光量比を選択し、V光、B光、G光、及びR光の光量比を選択した光量比に制御する。観察対象が胃の場合、光源制御部22は光量比記憶部241から胃用光量比252に制御する。こうすれば、観察対象の種類に合わせた第1多色スペクトル光を発光することができる。

[0065]

なお、内視鏡システム 2 4 0 では、光量比記憶部 2 4 1 を内視鏡光源装置 1 4 に設けているが、光量比記憶部 2 4 1 は、プロセッサ装置 1 6 に設けてもよく、内視鏡 1 2 に設けても良い。すなわち、光源制御部 2 2 が観察対象の種類に合わせて適切な光量比を選択することができれば、光量比記憶部 2 4 1 を設けておく場所は任意である。

[0066]

[第3実施形態]

上記第1実施形態及び第2実施形態では、原色系カラーフィルタを有する撮像センサ48を用いているが、内視鏡システム10及び240は、原色系の撮像センサ48の代わりに、補色系カラーフィルタを有する補色系カラー撮像センサを用いることもできる。補色系カラーフィルタは、シアンカラーフィルタ(Cy)、マゼンタカラーフィルタ(Mg)、及びイエローカラーフィルタ(Ye)を含む。本実施形態では、図14に示すように、補色系カラーフィルタは、例えば、Cy、Mg、及びYeに加え、グリーンカラーフィルタ(G)を備える。すなわち、本実施形態では、撮像センサ48は、シアン画素(以下、Cy画素という)、マゼンタ画素(以下、Mg画素という)、イエロー画素(以下、Ye画素という)、及びグリーン画素(以下、G画素という)を有する。

[0067]

撮像センサ48に補色系カラー撮像センサを用いる場合、観察対象の見え方をキセノンランプの連続スペクトル光26を用いる場合とほぼ等しくする第1多色スペクトル光は、第1及び第2実施形態の第1多色スペクトル光25及び225とはV光、B光、G光、及びR光の光量比が異なる。このため、これらの代わりに補色系カラー撮像センサ用のV光、B光、G光、及びR光の光量比を用いる必要がある。

[0068]

補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を形成するV光をCy画素、Mg画素、Ye画素、及びG画素で受光して得る光量積分値をそれぞれVcy、Vmg、Vye、及びVgとする。同様に、補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を形成するB光をCy画素、Mg画素、及びG画素で受光して得る光量積分値をそれぞれBcy、Bmg、Bye、及びBgとし、補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を形成するG光をCy画素、Mg画素、Ye画素、及びG画素で受光して得る光量積分値をそれぞれGcy、Gmg、Gye、及びGgとし、補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を形成するR光をCy画素、Mg画素、Ye画素、及びG画素で受光して得る光量積分値をそれぞれRcy、Rmg、Rye、及びRgとする。これらが既知量であることは第1及び第2実施形態と同様である。

[0069]

50

20

10

30

20

30

40

50

また、キセノンランプの連続スペクトル光26をCy画素で受光して得る光量積分値を X с y とし、キセノンランプの連続スペクトル光26をMg画素で受光して得る光量積分 値を X m g とし、キセノンランプの連続スペクトル光26をYe画素で受光して得る光量 積分値を X y e とし、かつ、キセノンランプの連続スペクトル光26をG画素で受光して 得る光量積分値を X g とする。これらが既知量であることは第1及び第2実施形態と同様 である。

[0070]

そして、補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比は、第1及び第2実施形態と同様に、V光:B光:G光:R光=CV:Cb:Cg:Crとする。これらCv、Cb、Cg、Crの値は変数であり、補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を補色系の各画素で受光して得る光量積分値の比率が、キセノンランプの連続スペクトル光26を補色系の各画素で受光して得る光量積分値の比率に一致するように決定する。すなわち、補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比Cv:Cb:Cg:Crは、数4を満たすように決定すればよい。数4は、方程式の数と変数の数が等しいので、これを解いてV光、B光、G光、及びR光の光量比Cv:Cb:Cg:Crを求めることができる。

[0071]

【数4】

$$\begin{pmatrix} Xcy \\ Xmg \\ Xye \\ Xg \end{pmatrix} = Cv \begin{pmatrix} Vcy \\ Vmg \\ Vye \\ Vg \end{pmatrix} + Cb \begin{pmatrix} Bcy \\ Bmg \\ Bye \\ Bg \end{pmatrix} + Cg \begin{pmatrix} Gcy \\ Gmg \\ Gye \\ Gg \end{pmatrix} + Cr \begin{pmatrix} Rcy \\ Rmg \\ Rye \\ Rg \end{pmatrix}$$

あるいは、以下に説明する算出方法によっても、補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比Cv:Cb:Cg:Crを算出することができる。

[0072]

この場合、図15に示すように、Сy、Mg、Ye、及びGの各カラーフィルタの感度を波長毎に合算し、補色系カラー撮像センサの総合感度Sumを求め、補色系カラー撮像センサが総合感度Sumのカラーフィルタを有する1つの画素(以下、S画素という)とみなす。

[0073]

次いで、波長帯域を、V光の第1波長帯域(波長380mm以上430mm未満)と、B光の第2波長帯域(波長430mm以上480mm未満)と、G光の第3波長帯域(波長480mm以上580mm未満)と、R光の第4波長帯域(波長580mm以上700mm未満)と、に区切り、補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を形成するV光をS画素で受光して得る光量積分値のうち、第1~第4波長帯域の光量積分値をそれぞれVS1、VS2、VS3、及びVS4とする。

[0 0 7 4]

同様に、補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を形成するB光をS画素で受光して得る光量積分値のうち、第1~第4波長帯域の光量積分値をそれぞれBS1、BS2、BS3、及びBS4とし、補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を形成するG光をS画素で受光して得る光量積分値のうち、第1~第4波長帯域の光量積分値をそれぞれGS1、GS2、GS3、及びGS4とし、かつ、補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を形成するR光をS画素で受光して得る光量積分値のうち、第1~第4波長帯域の光量積分値をそれぞれRS1、RS2、RS3、及びRS4とする第1~第4波長帯域の光量積分値をそれぞれXS1、XS2、XS3、及びXS4とする

30

40

50

[0075]

光量積分値 V S 1 は、 V 光の分光スペクトルと総合感度 S u m の波長毎の積を第 1 波長帯域の範囲で積分することで算出する。他の光量積分値 V S 2 、 V S 3 、 V S 4 、 B S 1 、 B S 2 、 B S 3 、 B S 4 、 G S 1 、 G S 2 、 G S 3 、 G S 4 、 R S 1 、 R S 2 、 R S 3 、 R S 4 、 X S 1 、 X S 2 、 X S 3 、 及び X S 4 も同様である。

[0076]

そして、数4の代わりに、数5によって、補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比Cv:Cb:Cg:Crを算出する。本実施形態で用いる図14の補色系カラーフィルタを有する補色系カラー撮像センサの場合、数5によって求めた光量比はCv:Cb:Cg:Cr 0.12:0.23:0.27:0.39である。図16に示す多色スペクトル光は、数5によって求めた光量比のV光、B光、G光、及びR光で形成する補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光325である。

[0077]

【数5】

$$\begin{pmatrix} XS1 \\ XS2 \\ XS3 \\ XS4 \end{pmatrix} = Cv \begin{pmatrix} VS1 \\ VS2 \\ VS3 \\ VS4 \end{pmatrix} + Cb \begin{pmatrix} BS1 \\ BS2 \\ BS3 \\ RS4 \end{pmatrix} + Cg \begin{pmatrix} GS1 \\ GS2 \\ GS3 \\ GS4 \end{pmatrix} + Cr \begin{pmatrix} RS1 \\ RS2 \\ RS3 \\ RS4 \end{pmatrix}$$

補色系カラー撮像センサ用の第1多色スペクトル光325を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比Cv:Cb:Cg:Crの数5による算出方法は、複数の波長帯域第1~第4波長帯)で、第1多色スペクトル光を補色系カラー撮像センサの複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の合計値を、キセノンランプの連続スペクトル光 26を補色系カラー撮像センサの複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の合計値と一致させる算出方法である。数5の算出方法は、数4の算出方法に比べ、色毎の光量積分値の比率に誤差が発生するが、その代わりに、確実にCv>0、Cb、Cg>0、かつCr>0を満たす範囲内でCv、Cb、Cg、及びCrを決定できる利点がある。第1多色スペクトル光325を補色系カラー撮像センサの複数の画素で受光して得る色毎の光量積分値の比率は、キセノンランプの連続スペクトル光26を補色系カラー撮像センサの複数の画素で受光して得る色毎の光量積分値の比率と実質的に一致し、これらの誤差は例えば数%程度である。

[0 0 7 8]

したがって、本実施形態のように、撮像センサ 4 8 が、シアン(第 1 色)に感度を有する C y 画素(第 1 色画素)と、マゼンタ(第 3 色)に感度を有する M g 画素(第 3 色画素)と、イエロー(第 4 色)に感度を有する Y e 画素(第 4 色画素)と、グリーン(第 2 色)に感度を有する G 画素(第 2 色画素)を有する場合、光源制御部 2 2 は、 V 光、 B 光、 G 光、 及び R 光を上記光量比 C v : C b : C g : C r で発光させることにより、 C y 画素で得るシアンの光量積分値と G 画素で得るグリーンの光量積分値との比率を、第 1 多色スペクトル光 2 5 を用いる場合と連続スペクトル光 2 6 を用いる場合とで一致させ、 かつ、 Y e 画素で得るイエローの光量積分値とグリーンの光量積分値との比率を、第 1 多色スペクトル光 2 5 を用いる場合と連続スペクトル光 2 6 を用いる場合とで一致させる。

[0079]

上記第3実施形態の数5による光量比の算出方法は、撮像センサ48に原色系カラー撮像センサを用いる場合にも応用可能である。原色系カラー撮像センサのなかには、B画素、G画素、及びR画素に加え、エメラルド色カラーフィルタを有するE画素を有するセン

20

30

40

50

サや、カラーフィルタが設けられていない白画素(W画素)を有するセンサもある。これらの原色系カラー撮像センサを用いる場合には、数 4 の光量比の算出方法よりも数 5 の光量比の算出方法の方が好適な場合がある。

[080]

なお、上記第3実施形態のように撮像センサ48に補色系カラー撮像センサを用いる場合も、第2実施形態と同様に観察対象を加味して第1多色スペクトル光を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比Cv:Cb:Cg:Crを制御することが好ましい。

[0081]

第1実施形態の数2や、第3実施形態の数5に示す通り、第1多色スペクトル光のうち複数色の光源が発光する波長帯域の光を1つの画素で受光する場合、1つの画素が受光する光の波長帯域毎(すなわち各光源が発光する光の波長帯域毎)に、光量積分値を、キセノンランプの連続スペクトル光26を受光して得る光量積分値に一致させると、第1多色スペクトル光を形成するV光、B光、G光、及びR光の光量比Cv:Cb:Cg:Crを適切に決定することができる。この方法は、光源の色数が画素の色数よりも多い場合に特に効果的である(第1実施形態の数2参照)。

[0082]

「第4実施形態]

上記第1~第3実施形態では、光源制御部22は、光源部20の各LED20a~20 dによって、キセノンランプの連続スペクトル光26を用いる場合を模倣する第1多色スペクトル光25、225、及び325を発生させているが、光源制御部22は、光源部20の各LED20a~20 dによって、第1多色スペクトル光25、225、及び325と切り替えて、第1多色スペクトル光25及びキセノンランプの連続スペクトル光26とは異なる第2多色スペクトルを有する第2多色スペクトル光を発生させるようにしても良い。

[0083]

第2多色スペクトル光は、従来のキセノンランプを用いた内視鏡システムにはない固有の分光スペクトルを有する照明光である。例えば、光源制御部22は、図17に示すように、V光またはB光の少なくともいずれか一方(本実施形態ではV光)の光量を第1多色スペクトル光25よりも大きくする。すなわち、第2多色スペクトル光401をB画素で受光して得る光量積分値を、第1多色スペクトル光25に対して、第2多色スペクトル光401を形成するV光の光量だけを変化させているが、さらに、第2多色スペクトル光401は、G画素で受光して得る光量積分値を、第1多色スペクトル光25をG画素で受光して得る光量積分値よりも小さくすることが好ましい。

[0084]

上記第2多色スペクトル光401を用いて観察対象を観察すれば、粘膜表層にある血管やピットパターン等を、キセノンランプの連続スペクトル光26を用いる場合よりも明瞭に観察することができる。このため、第1多色スペクトル光25と第2多色スペクトル光401と切り替え可能にしておけば、上記のような多色スペクトル光を用いる場合の特有の利点をも享受できる。

[0085]

第1多色スペクトル光25と第2多色スペクトル光401との切り替えは、内視鏡12の操作部12bに設けた観察モード切り替えスイッチ(図示しない)等を用いて、任意に切り替えられるようにすることができるが、特に、内視鏡システム10で用いる内視鏡12の機種に応じて自動的に第1多色スペクトル光25と第2多色スペクトル光401とを切り替えることが好ましい。

[0086]

このように、内視鏡 1 2 の機種によって第 1 多色スペクトル光 2 5 と第 2 多色スペクトル光 4 0 1 を自動的に切り替える場合、図 1 8 に示す内視鏡システム 4 1 0 のように、内視鏡 1 2 には機種を示す I D (Identification Data) を記憶する I D 記憶部 4 1 1 を設

け、内視鏡光源装置14には、内視鏡機種検出部412を設ける。内視鏡機種検出部412は、内視鏡12が内視鏡光源装置14に接続された場合に、ID記憶部411から内視鏡12のIDを読み出すことによって、接続された内視鏡12の機種を検出し、検出結果を光源制御部22に入力する。そして、光源制御部22は、内視鏡機種検出部412によって検出された内視鏡12の機種によって、光源部20で発生させる照明光を第1多色スペクトル光25と第2多色スペクトル光401とで切り替える。より具体的には、光源制御部22は、内視鏡12の機種が、キセノンランプの連続スペクトル光を用いる従来の内視鏡システムで使用する機種である場合は、光源部20で発生させる照明光を第1多色スペクトル光25に自動設定し、かつ、内視鏡12の機種が上記以外の機種である場合(多色スペクトル光を用いる内視鏡システムでだけ用いられる機種の場合等)には、光源部20で発生させる照明光を第2多色スペクトル光401に自動設定することが好ましい。

[0087]

キセノンランプを用いる従来の内視鏡システムで使用する内視鏡を接続する場合、医師は使い慣れた従来の内視鏡システムと同様に観察対象を観察できることを望むことが多く、多色スペクトル光を照明光として使用する内視鏡システムでだけ用いる内視鏡を接続する場合は、医師は多色スペクトル光の利点を活かした観察を望むことが多い。このため、上記のように、内視鏡12の機種によって照明光を第1多色スペクトル光25と第2多色スペクトル光401とで自動的に切り替えると、操作や設定等をせずに、ニーズに合った内視鏡画像を自動的に提供することができる。もちろん、初期設定を上記のように内視鏡12の機種に応じて自動設定し、その後は、医師の判断で手動切り替えられるようにすることがさらに好ましい。

[0088]

図18の内視鏡システム410では、内視鏡光源装置14が内視鏡機種検出部412によって内視鏡12の接続を検知し、かつ、内視鏡12からIDを読み出して内視鏡12の機種を検出しているが、図19に示す内視鏡システム420のように、プロセッサ装置16にID読取部413を設け、ID読取部413によって内視鏡12の接続を検知し、かつ、内視鏡12からIDを読み出しても良い。この場合、内視鏡機種検出部412は、プロセッサ装置16のID読取部413から内視鏡12のIDを取得し、その機種を検出すれば良い。

[0089]

「第5実施形態]

LED等の半導体光源は、キセノンランプ等の従来の光源と比較すると長寿命であるが、LED等の半導体光源であっても、図20に示すように経時的に劣化して、既定の駆動電流や既定の駆動電圧で駆動しても、光量が低下する。また、半導体光源の種類(発光する光の波長等)によっても経時劣化の程度は異なる。経時劣化を無視すると、光源制御部22が例えば第1多色スペクトル光25を発光させるための既定の制御をしても、第1多色スペクトル光25の条件を満たさない多色スペクトル光が発せられてしまうことがある。このため、光源制御部22は、光源部20の各LED20a~20dの経時劣化を考慮して、第1多色スペクトル光25や第2多色スペクトル光401を発光させることが好ましい。

[0090]

上記のように光源部 2 0 の各 L E D 2 0 a ~ 2 0 d に経時劣化があっても第 1 実施形態等の条件を満たす第 1 多色スペクトル光 2 5 や第 2 多色スペクトル光 4 0 1 を発光させるためには、例えば、図 2 1 に示す内視鏡システム 5 0 0 のように、内視鏡光源装置 1 4 に光量検出部 5 0 1 を設け、光源制御部 2 2 には経時劣化検出部 5 0 4 を設ける。

[0091]

光量検出部501は、V光の光量を検出するためのV光量検出部502aと、B光の光量を検出するためのB光量検出部502bと、G光の光量を検出するためのG光量検出部502cと、R光の光量を検出するためのR光量検出部502dとを備える。V光量検出部302aは、ミラー503aを介してV光の一部を取得することで、V-LED20a

10

20

30

40

20

30

40

50

が発光した V 光の光量を検出する。ミラー503aは、 V -LED20aの光路中に配置され、 V -LED20aが発光した V 光の一部を反射して V 光量検出部502aに入射させ、かつ、残りの V 光を光路結合部23に向けて透過する。同様に、B-LED20b、G-LED20c、及び R -LED20dの光路中には、これらが発光した各色光の一部を反射して B 光量検出部502c、及び R 光量検出部502dにそれぞれ入射させ、残りの各色光を光路結合部23に向けて透過するミラー503b、ミラー503c、及びミラー503dが配置される。B 光量検出部502bは、ミラー503bを介して B 光の一部を取得して B -LED20bが発光した B 光の光量を検出する。G 光量検出部502cは、ミラー503cを介して G 光の一部を取得して C -LED20cが発光した C 光の光量を検出する。R 光量検出部502dは、ミラー503dを介して R 光の一部を取得して R -LED20dが発光した R 光の光量を検出する。

[0092]

光量検出部501は、各色用の光量検出部502a~502dが検出したV光、B光、 G 光、及び R 光の光量を光源制御部 2 2 に入力する。光源制御部 2 2 では、経時劣化検出 部 5 0 4 が、 第 1 多 色 ス ペ ク ト ル 光 2 5 を 発 光 す る 各 L E D 2 0 a ~ 2 0 d の 駆 動 電 流 等 の駆動条件と、光量検出部501で実際に検出された各色光の光量とを用いて、各LED 20 a~20 dの経時劣化を検出する。具体的には、経時劣化検出部504は、各LED 2 0 a ~ 2 0 d のうち、既定の光量に対して最も光量が低下した最劣化光源を検出する。 光源制御部22は、経時劣化検出部504で検出した最劣化光源の光量に合わせて、残り の 光 源 の 光 量 を 設 定 す る 。 例 え ば 、 図 2 2 に 示 す よ う に 、 光 源 制 御 部 2 2 が 第 1 多 色 ス ペ クトル光 2 5 を発光する駆動条件で各LED20a~20dを駆動することで各LED2 0 a ~ 2 0 d の光量を指定したにも関わらず、 R - L E D 2 0 d の経時劣化のために R 光 の 光 量 が 第 1 多 色 ス ペ ク ト ル 光 2 5 を 形 成 す る 指 定 の 光 量 に 満 た ず 、 か つ 、 V 光 、 B 光 、 及びG光は第1多色スペクトル光25を形成する指定の光量が発光した多色スペクトル光 5 2 4 になっていたとする。この場合、光源制御部 2 2 では、経時劣化検出部 5 0 4 が R - LED20dを最劣化光源として検出する。このため、図23に示すように、光源制御 部 2 2 は、 R - L E D 2 0 d が発光する R 光の光量に合わせて、 V 光、 B 光、及び G 光の 光量を低減させることにより、経時劣化したR-LED20dが発するR光の光量と、V 光、 B 光、 及び G 光 の 光 量 の バ ラ ン ス を 保 た れ た 新 た な 第 1 多 色 ス ペ ク ト ル 光 5 2 5 を 発 光させる。すなわち、各LED20a~20dの少なくともいずれか1つに光量の不足が 検出された場合、光源制御部22は、第1多色スペクトル光25を形成する各LED20 a~20dの光量の指定値に対して、光量の不足量が最も大きい最劣化光源の光量に合わ せて、残りの光源の光量を設定する。これにより、各色光のバランスが保たれた第1多色 スペクトル光525を発光させる。

[0093]

上記のように、各LED20a~20dが発光する各色光の光量を検出し、これら各LED20a~20dの中で最も経時劣化した光源の光量に合わせて残りの光源の光量を設定することで、光源制御部22は、光源部20によって常に各色光のバランスが保たれた第1多色スペクトル光25や第2多色スペクトル光401を安定して発光させることができる。また、上記のようにすれば、常に各色光のバランスが保たれた第1多色スペクトル光401が安定して発光されるので、マトリックス処理で用いるマトリックス等、内視鏡画像を生成するために用いる信号処理パラメータや画像処理パラメータを再計算したりしておく必要がない。また、撮像センサ48のカラーフィルタに混色がある場合には、内視鏡画像を生成するために用いる信号処理パラメータや画像処理パラメータを再計算したり、複数用意したりしておいても補正しきれないが、上記のようにすれば、常に安定して観察対象を観察することができる

[0094]

上記第5実施形態で光量検出部501が行う各色光の光量検出は、少なくともキャリブレーション時に行うことが好ましい。特に、光量検出部501は、観察対象を観察するた

20

30

40

50

めに各LED20a~20dが発光している間、各色光の光量検出を繰り返し行なって、 光源制御部22にフィードバックして、リアルタイムに第1多色スペクトル光25等のバ ランスを整えることが好ましい。

[0095]

[第6実施形態]

上記第5実施形態の内視鏡システム500では、LED20a~20dの経時劣化を検出しているが、LED20a~20dの経時劣化以外の要因によって、光源制御部22が正確な第1多色スペクトル光25が発光できない場合もある。この場合、図24に示す内視鏡システム600のように、第5実施形態の内視鏡システム500と同様の光量検出部501等を設け、光源制御部22には経時劣化検出部504の代わりに、検証部604を設ける。

[0096]

検証部604は、模倣対象であるキセノンランプの連続スペクトル光26を撮像センサ48の各色の画素で受光して得る色毎の光量積分値の比率を模倣比率テーブル606に予め記憶している。検証部604は、この模倣比率テーブル606と光量検出部501の検出結果を用いて、実際に発光した第1多色スペクトル光25を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率が、キセノンランプの連続スペクトル光26を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致しているか否かを検証する

[0097]

検証部604は、光量検出部501の検出結果である各LED20a~20dの実際の光量と撮像センサ48のカラーフィルタの分光特性から各色画素の光量積分値を算出し、これらの比率を求める。例えば、撮像センサ48がB画素、G画素、及びR画素を有する原色系カラー撮像センサである場合、G画素で得る光量積分値に対するB画素で得る光量積分値の比率(以下、本実施形態においてBp/Gpという)と、G画素で得る光量積分値に対するR画素で得る光量積分値の比率(以下、本実施形態においてRp/Gpという)を算出する。

[0098]

また、模倣するキセノンランプの連続スペクトル光26と、撮像センサ48のカラーフィルタの分光特性から各色画素の光量積分値は予め算出し、模倣比率テーブル606は、模倣する連続スペクトル光26を用いた場合のG画素で得る光量積分値に対するB画素で得る光量積分値の比率(以下、本実施形態においてB×/G×という)と、模倣する連続スペクトル光26を用いた場合のG画素で得る光量積分値に対するR画素で得る光量積分値(以下、本実施形態においてR×/G×という)とを記憶する。

[0099]

このため、検証部604は、算出した比率Bp/Gpと模倣比率テーブル606に記憶している比率Bx/Gxを比較し、かつ、算出した比率Rp/Gpと模倣比率テーブル606に記憶している比率Rx/Gxを比較する。これら2つの比較の結果、比率Bx/Gxに対して比率Bp/Gpの誤差が許容範囲内(例えば比率Bp/Gpの10%程度以下)であり、かつ、比率Rx/Gxに対して比率Rp/Gpの誤差が許容範囲内(例えば比率Bx/Gxの10%程度以下)であれば、第1多色スペクトル光25が適切に発光していると判断する。この場合、光源制御部22は、第1多色スペクトル光25の発光を継続する。

[0100]

一方、比率 B × / G × に対して比率 B p / G p の誤差が許容範囲外である場合、または、比率 R × / G × に対して比率 R p / G p の誤差が許容範囲外である場合、検証部 6 0 4 は適切な第 1 多色スペクトル光 2 5 が発光されていないと判断する。この場合、光源制御部 2 2 は、検証部 6 0 4 の検証結果を用いて L E D 2 0 a ~ 2 0 dをフィードバック制御する。すなわち、光源制御部 2 2 は、検証部 6 0 4 で算出した比率 B × / G × に対して比率 B p / G p の誤差、または、比率 R × / G × に対して比率 R p / G p の誤差に基づいて

、各LED20a~20dの光量を調整して制御する。これにより、照明光は常に適切な 第1多色スペクトル光25に補正される。

[0101]

上記第6実施形態の内視鏡システム600では、検証部604が各色の光量積分値の算出する際等に観察対象の種類を考慮していないが、第2実施形態と同様に観察対象の種類を考慮して検証部604で算出する各色の光量積分値や光量積分値の比率を算出することができる。また、上記第6実施形態の内視鏡システム600の検証部604は、第5実施形態の経時劣化検出部504として機能することもできる。なお、上記第6実施形態では、内視鏡光源装置14に検証部604を設けているが、検証部604はプロセッサ装置16に設けても良い。

[0102]

上記第6実施形態の内視鏡システム600は、光量検出部501の検出結果を用いて照明光が第1多色スペクトル光25になっているかを検証しているが、光量検出部501の検出結果を用いる代わりに、撮像センサ48の出力を用いて照明光が第1多色スペクトル光25になっているかを検証することもできる。この場合、図25に示す内視鏡システム700のように、プロセッサ装置16に検証部704を設ける。

[0103]

検証部704は、光量検出部501の検出結果の代わりに、受信部53から取得する撮像センサ48の出力を用いる以外は、上記第6実施形態の検証部604と同様である。すなわち、検証部704は、模倣比率テーブル706に模倣対象であるキセノンランプの連続スペクトル光26を撮像センサ48の各色の画素で受光して得る色毎の光量積分値の比率を記憶しており、この模倣比率テーブル706と撮像センサ48の出力を用いて、実際に発光した第1多色スペクトル光25を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率が、キセノンランプの連続スペクトル光26を複数色の画素でそれぞれ受光して得る色毎の光量積分値の比率に一致しているか否かを検証する。

[0104]

検証部704は、撮像センサ48の出力である画像信号を受信部53から取得し、これらの比率を求める。撮像センサ48がB画素、G画素、及びR画素を有する原色系カラー撮像センサである場合、例えば検証部704はB画像信号、G画像信号、及びR画像信号の各々の平均値等(平均値や中央値等の統計量)を求めることにより各色の画素の光量積分値を算出し、それらの比率Bp/Gpと比率Rp/Gpを算出する。なお、検証部704が算出する各色の画像信号の平均値等は、撮像センサ48からの信号電荷の読み出し時にかかるゲインや受信部53で行う各種処理の具体的内容に影響されるので本明細書でいう光量積分値そのものではないが、第1多色スペクトル光25を発光するキセノンエミュレートモードでは常に同じ処理をするので、各色の画像信号の平均値等は実質的に光量積分値を表す。

[0105]

模倣比率テーブル706は、模倣する連続スペクトル光26を用いる場合のB画像信号、G画像信号、及びR画像信号の各々の平均値等を用いて算出した比率Bx/Gx及び比率Rx/Gxを記憶する。検証部704は、算出した比率Bp/Gpと模倣比率テーブル706に記憶している比率Bx/Gxを比較し、かつ、算出した比率Rp/Gpと模倣比率テーブル606に記憶している比率Rx/Gxを比較し、光源制御部22がこれらの比較結果(検証部704の検証結果)に基づいてLED20a~20dの制御するのは上記第6実施形態の内視鏡システム600と同様である。

[0106]

なお、実際の観察対象を撮影しながら検証部704による検証を行うことができるが、 観察対象の個体差等の影響を除くためには、例えば生体粘膜の反射率を模した模擬体(ファントム)や照明光をほぼ直接に撮像センサ48に入射させる白板を撮影して検証をする ことが好ましい。

[0107]

10

20

30

上記変形例の内視鏡システム700は、検証部704が各色の光量積分値の算出する際等に観察対象の種類を考慮していないが、第2実施形態と同様に観察対象の種類を考慮して検証部704で算出する各色の光量積分値や光量積分値の比率を算出することができる。このように、検証部704が行う検証に観察対象の種類を考慮する場合、食道、胃、及び大腸等の反射率を模した模擬体を用いる。

[0108]

上記変形例の内視鏡システム700では、検証部704は、撮像センサ48の出力として受信部53から画像信号を取得しているが、受信部53から画像信号を取得する代わりに、DPS56、ノイズ除去部58、または画像生成部62から画像信号を取得することができる。検証部704は、これらプロセッサ装置16の各部から画像信号を取得する代わりに、内視鏡12のA/Dコンバータ51、CDS/AGC回路50、または撮像センサ48から画像信号を取得してもよい。

[0109]

上記第1~第5実施形態では、B-LED20bが発するB光をそのまま第1多色スペクトル光25、225、325、及び525に利用しているが、約450nmから約500nmの波長の光は表層血管やピットパターン等の構造のコントラストを低下させてしまう。このため、図26に示す内視鏡システム800のように、B-LED20bの光路中に、約450nmから約500nmの波長の光を低減する帯域制限部801を配置することによって、B-LED20bが発するB光から、約450nmから約500nmの波長成分を低減したBs光を生成し、Bs光を第1多色スペクトル光25、225、325、及び525に用いることが好ましい。この場合、光量比は、帯域制限部801を通過後のBs光の分光スペクトルを用いて算出する。

[0110]

上記第1~第6実施形態では、撮像センサ48が設けられた内視鏡12を被検体内に挿入して観察を行う内視鏡システムによって本発明を実施しているが、カプセル内視鏡システムでも本発明は好適である。例えば、図27に示すように、カプセル内視鏡システムでは、カプセル内視鏡900と、プロセッサ装置(図示しない)とを少なくとも有する。

[0111]

カプセル内視鏡900は、光源部902と光源制御部903と、撮像センサ904と、画像生成部906と、送受信アンテナ908とを備えている。光源部902は、上記第1~第6実施形態の光源部20と同様に、V光を発するV-LEDと、B光を発するB-LEDと、G光を発するG-LEDと、R光を発するR-LEDと、を有している。

[0112]

光源制御部903は、上記各実施形態及び変形例の光源制御部22と同様にして光源部902の駆動を制御する。また、光源制御部903は、送受信アンテナ908によって、カプセル内視鏡システムのプロセッサ装置と無線で通信可能である。カプセル内視鏡システムのプロセッサ装置は、上記第1~第6実施形態のプロセッサ装置16とほぼ同様であるが、画像生成部906はカプセル内視鏡900に設けられ、生成された内視鏡画像は、送受信アンテナ908を介してプロセッサ装置に送信される。撮像センサ904は上記第1~第6実施形態の撮像センサ48と同様に構成される。

[0113]

なお、上記第1~第6実施形態では、光源制御部22は、キセノンランプの白色光を模倣するための第1多色スペクトル光25、225、325、及び525を発生させているが、キセノンランプの白色光の代わりに、他の広帯域な連続スペクトル光を模倣するための第1多色スペクトル光を発生さても良い。例えば、従来の内視鏡システムでは、キセノンランプ以外のハロゲンランプを用いる場合がある。キセノンランプ以外のハロゲンランプを用いる場合がある。キセノンランプ以外のハロゲンランプを模倣するための第1多色スペクトル光を発生させても良く、模倣するランプの種類を医師等が選択できるようにしても良い。同様に、励起光を発する励起光光源と、励起光の照射によって蛍光を発する蛍光体を組み合わせた広帯域光源や、半導体光源からなる広帯域光源が発する連続スペクトル光を模倣することもできる。蛍光体に励起光を照射して広

10

20

30

40

帯域光源は、例えば、紫外光、紫色光、または青色光等を発光する励起光光源と、紫外光、紫色光、または青色光等の照射によって緑色から黄色(あるいは赤色)の蛍光を発光する蛍光体を組み合わせて構成される。半導体光源からなる広帯域光源は、例えば、白色光を発生する半導体光源である。上記のように、キセノンランプ以外の広帯域な連続スペクトル光(実質的に白色に見える擬似白色光やその他白色以外の光を含む)を模倣する場合も、上記実施形態のキセノンランプの白色光を模倣する場合と同様にして第1多色スペクトル光を発生させることができる。

[0114]

上記第1~第6実施形態では、V-LED20a、B-LED20b、G-LED20c、R-LED20dの4色のLEDを用いているが、内視鏡光源装置14に用いる複数の光源が発光する光の色(波長)や組み合わせ、LEDの個数等は、これ以外の色及び組み合わせでも良い。また、LEDの代わりに、LD(Laser Diode)等の他の半導体光源を用いても良い。LEDやLDと蛍光体を組み合わせた光源を用いても良い。

[0115]

なお、上記第1~第6実施形態では、光源部20の各LED20a~20dを全て同時に点灯しているが、撮像センサ48が観察対象を撮像している間(光電変換をする間の時間)にこれら各LED20a~20dを順次点灯させても良い。また、撮像センサ48が観察対象を撮像している間に、色毎に点灯時間を調節して、光量を制御してもよい。これらの場合も上記第1~第5実施形態のように光源部20の各LED20a~20dを同時に点灯するのと同じ結果が得られる。

【符号の説明】

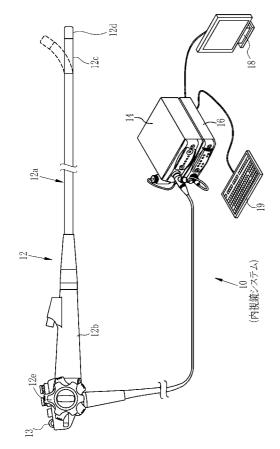
[0116]

- 10,240,410,420,500,600,700,800 内視鏡システム
- 2 0 光源部
- 2 2 光源制御部
- 25,225,325,525 第1多色スペクトル光
- 26 連続スペクトル光
- 4 1 2 内視鏡機種検出部
- 501 光量検出部
- 504 経時劣化検出部
- 6 0 4 , 7 0 4 検証部
- 9 0 0 カプセル内視鏡

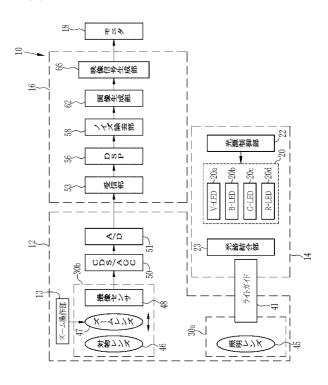
10

30

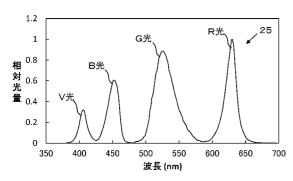
【図1】



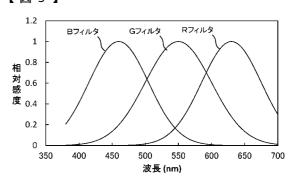
【図2】



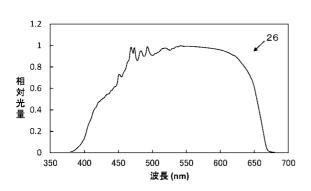
【図3】



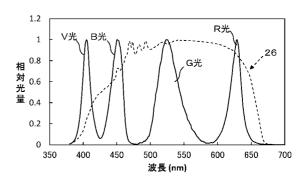
【図5】



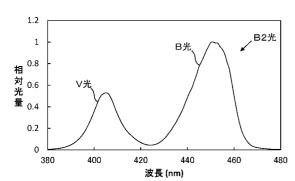
【図4】



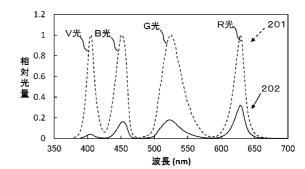
【図6】



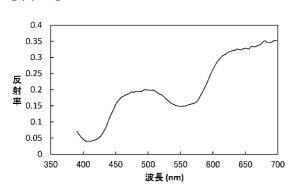
【図7】



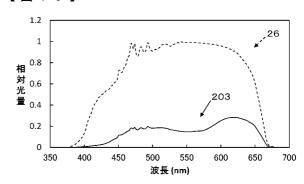
【図9】



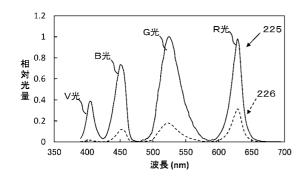
【図8】



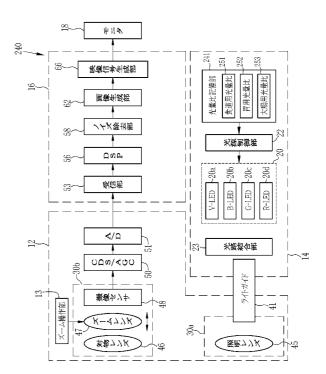
【図10】



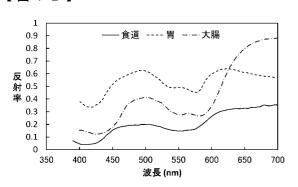
【図11】



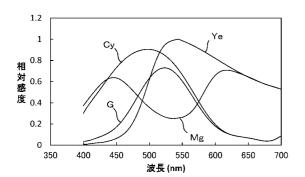
【図13】



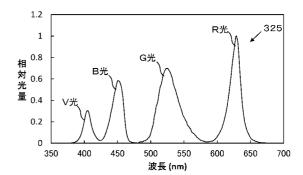
【図12】



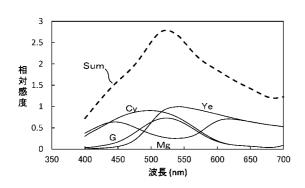
【図14】



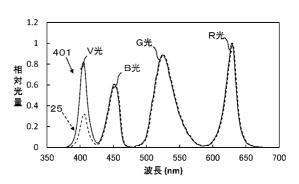
【図16】



【図15】

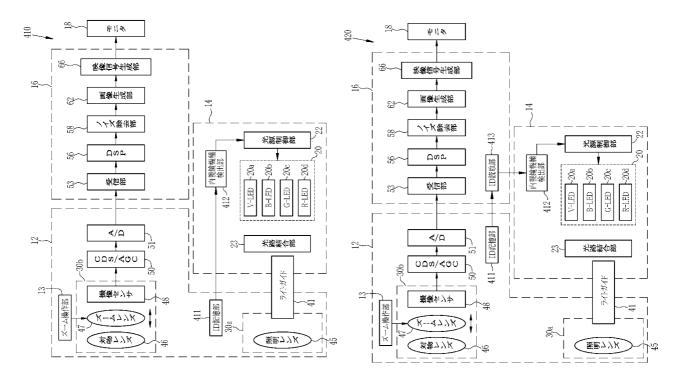


【図17】

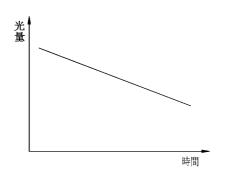


【図18】

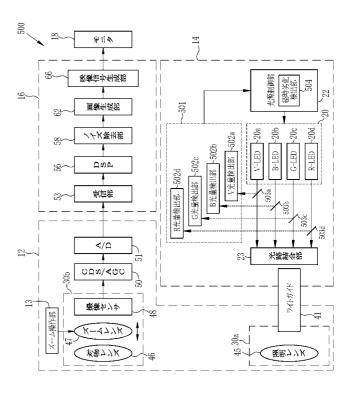
【図19】



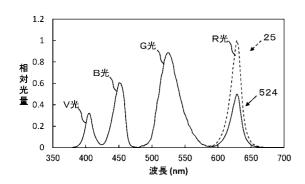
【図20】



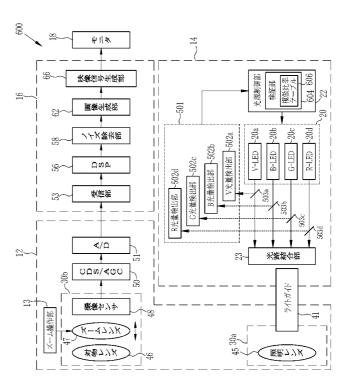
【図21】



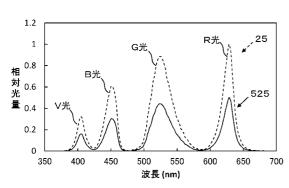
【図22】



【図24】

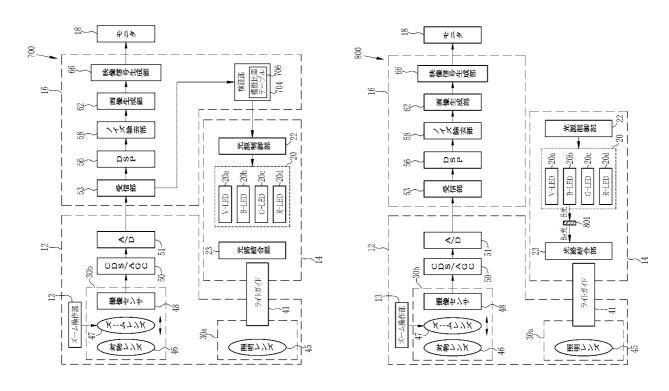


【図23】

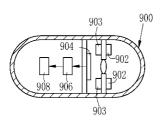


【図25】

【図26】



【図27】





专利名称(译)	内窥镜系统和操作内窥镜系统的方	法	
公开(公告)号	<u>JP2020000931A</u>	公开(公告)日	2020-01-09
申请号	JP2019186119	申请日	2019-10-09
[标]申请(专利权)人(译)	富士胶片株式会社		
申请(专利权)人(译)	富士胶片株式会社		
[标]发明人	大谷健一 杉崎誠		
发明人	大谷 健一 杉崎 誠		
IPC分类号	A61B1/06		
FI分类号	A61B1/06.610		
F-TERM分类号	4C161/CC06 4C161/JJ11 4C161/LL02 4C161/QQ07 4C161/RR02 4C161/RR22 4C161/RR23 4C161 /TT03		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

为了提供一种内窥镜系统和一种操作内窥镜系统的方法,该内窥镜系统和操作该内窥镜系统的方法基本上能够像将分别独立发射彼此不同颜色的光束的多个光源用作照明的情况那样观察观察对象。解决方案:基于分别通过Cy像素,Mg像素,Ye像素和G像素接收V光,B光,G光和R光而获得的按色积分光量值计算得出的值。 使光量比Cv:Cb:Cg:Cr与通过Cy像素,Mg像素,Ye像素和G像素接收氙气灯的连续光谱光26而获得的按色积分光量值的比例相匹配。 选定的图纸:图14

