

(19)日本国特許庁 (J P)

(12) 公 開 特 許 公 報 (A)

(11)特許出願公開番号

特開2002 - 112950

(P2002 - 112950A)

(43)公開日 平成14年4月16日(2002.4.16)

(51) Int.Cl. ⁷	識別記号	F I	テ-マコード [*] (参考)
A 6 1 B 1/00	300	A 6 1 B 1/00	300 D 2 H 0 4 0
1/04	372	1/04	372 4 C 0 6 1
G 0 2 B 23/24		G 0 2 B 23/24	A 5 C 0 5 4
23/26		23/26	B
			B
審査請求 未請求 請求項の数 6 O L (全 13数) 最終頁に続く			

(21)出願番号 特願2000 - 310371(P2000 - 310371)

(22)出願日 平成12年10月11日(2000.10.11)

(71)出願人 000000527

旭光学工業株式会社

東京都板橋区前野町2丁目36番9号

(72)発明者 榎本 貴之

東京都板橋区前野町2丁目36番9号 旭光学
工業株式会社内

(72)発明者 杉本 秀夫

東京都板橋区前野町2丁目36番9号 旭光学
工業株式会社内

(74)代理人 100098235

弁理士 金井 英幸

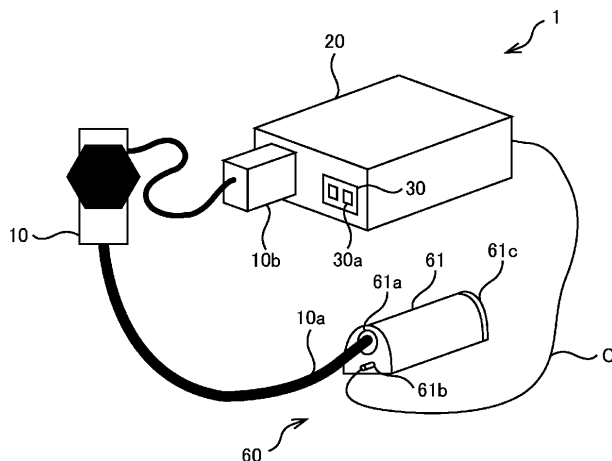
最終頁に続く

(54)【発明の名称】 電子内視鏡システム

(57)【要約】

【課題】電子内視鏡の機種や観察対象を変更するときでも、通常画像信号と蛍光画像信号の出力レベルのバランス調整を一度に手早く行える電子内視鏡システムを、提供する。

【解決手段】電子内視鏡システム1は、白色光を所定の反射率で反射する白色光反射部69cと紫外光に励起されると所定の蛍光強度で発光する蛍光発光部69dとを有する回転板69が回転軸67bに取り付けられたとき、電子内視鏡10の先端部10aから白色光と紫外光とが射出されるタイミングに同期させて、挿入孔62に挿入された電子内視鏡10の先端部10aの前方に白色光反射部69cと蛍光発光部69dとを交互に横切らせるスケール回転装置60を有する。また、画像信号処理回路52は、白色光反射部69cと蛍光発光部69dからの反射光及び蛍光が受光されて生成された各画像信号から、それらの増幅率を設定し、その増幅率にて各画像信号を増幅する。



【特許請求の範囲】

【請求項 1】交換可能に取り付けられる電子内視鏡と、前記電子内視鏡の照明光学系に対して可視光と紫外光とを交互に供給する光源装置と、前記可視光により照明された被検体の像と前記紫外光により励起して自家蛍光を発した被検体の像とが交互に前記電子内視鏡内の撮像素子によって撮像されて順次生成された各画像信号を処理する内視鏡プロセッサとを備え、バランス調整の開始指示の入力があると各画像信号の出力レベルが所定の比率となるように各画像信号の増幅率を設定し、設定した各増幅率にて各画像信号を増幅する電子内視鏡システムであって、

前記電子内視鏡の先端部が挿入可能な挿入口が穿たれた筐体と、

板形状に形成され、その一方の面には可視光が照射されると所定の反射率にて反射する白色光用スケール、及び紫外光が照射されると励起して所定の蛍光強度にて発光する蛍光用スケールを有し、その回転中に前記白色光用スケール及び前記蛍光用スケールが前記挿入口の前方を横切ることになる位置で回転可能に、前記筐体内部において着脱可能に保持される回転板と、

前記筐体内部において保持された回転板と前記挿入口との間に配置され、前記電子内視鏡の先端部が前記挿入口に挿入されて前記回転板から所定距離だけ離れた位置に到達しているときに、前記電子内視鏡の先端近傍をその周囲から押圧して前記電子内視鏡の先端部を保持する保持機構と、

前記筐体内部に保持された前記回転板を、前記電子内視鏡の先端部から射出される可視光と紫外光との切替に同期して回転駆動させることにより、前記可視光に対して前記白色光用スケールを挿入し、前記紫外光に対して前記蛍光用スケールを挿入する駆動装置とを備えたことを特徴とする電子内視鏡システム。

【請求項 2】前記保持機構は、前記電子内視鏡の先端部が前記挿入口から挿入されて所定位置に到達するときにその先端部が挿入されることとなる位置に配置された円筒状の緩衝材と、前記緩衝材の外周に巻き付けられるとともに一端が前記筐体に固定されたワイヤと、前記ワイヤの他端が固定された駆動軸を有するモータとを備え、前記緩衝材に前記電子内視鏡の先端部が挿入された状態において前記モータを駆動させたときには、前記モータの駆動軸に前記ワイヤを巻き付けて前記緩衝材とともに前記電子内視鏡の先端部を締め付けて保持することを特徴とする請求項 1 記載の電子内視鏡システム。

【請求項 3】前記保持機構は、前記ワイヤとこのワイヤが固定される前記筐体との間に、ワイヤの引力を検出する圧力センサを更に備え、このワイヤの引力が所定の強さになったときには前記モータの駆動を停止させることを特徴とする請求項 2 記載の電子内視鏡システム。

【請求項 4】前記保持機構は、前記挿入口から挿入され

*た前記電子内視鏡の先端部が所定位置に到達したことを検出するための先端部検出器を備え、前記先端部検出器において前記電子内視鏡の先端部を検出したときに、前記電子内視鏡の先端部を保持することを特徴とする請求項 1, 2 又は 3 記載の電子内視鏡システム。

【請求項 5】前記回転板と前記駆動装置と前記保持機構は、前記電子内視鏡と前記光源装置と前記内視鏡プロセッサとは別体の筐体に収容され、前記挿入孔は、その筐体に形成されていることを特徴とする請求項 1 乃至 4 の何れかに記載の電子内視鏡システム。

【請求項 6】前記電子内視鏡の先端部から可視光と紫外光とを射出するタイミング、及び、前記電子内視鏡内の撮像素子において光電変換して各画像信号を生成するタイミングを、同期信号を用いて制御する制御部を、更に備え、

前記駆動装置は、前記同期信号に同期させて前記回転板を回転させることを特徴とする請求項 1 乃至 5 の何れかに記載の電子内視鏡システム。

【発明の詳細な説明】

【0001】

【発明の属する技術分野】本発明は、可視光により照明された被検体表面の画像と励起光が照射されて自家蛍光を発した被検体の画像とを合成した画像を生成する医療用の電子内視鏡システムに、関する。

【0002】

【従来の技術】近年、通常の可視光の照明による被検体（体腔壁）の画像に自家蛍光を発した体腔壁の画像を重ねた画像を生成することができる電子内視鏡システムが、開発されている。この電子内視鏡システムによると、通常の照明光による観察では発見し得ないような不健全な患部組織も蛍光強度の強弱により観察できるようになるため、通常の照明光を用いる電子内視鏡システムよりも正確に且つ詳細に被検体の診断を行うことができる。

【0003】具体的には、この電子内視鏡システムは、照明光としての白色光（可視光）と励起光としての紫外光とを電子内視鏡の照明光学系から体腔壁へ交互に照射するとともに、白色光により照明された体腔壁の対物光学系による像と紫外光により励起されて自家蛍光を発した体腔壁の対物光学系による像とを電子内視鏡内の撮像素子によって順次撮像して電気信号に変換し、通常画像信号と蛍光画像信号を生成している。そして、通常画像信号を互いに同じ出力レベルとなる RGB 各色の画像信号に分配するとともに、このうちの B 画像信号に蛍光画像信号を加算することにより、白色光により照明された体腔壁の白黒画像に対して自家蛍光を発した部分を青色に着色した画像を生成している。

【0004】このような電子内視鏡システムでは、様々な特性を有する複数の電子内視鏡を交換して使用したり

1つの電視内視鏡において観察対象を変えたりすると、通常画像信号と蛍光画像信号との出力レベルの相対的なバランスが変化するので、被検体の診断を正確に行うことができなくなる。そのため、このような機種や観察対象を変更した場合でも通常画像信号と蛍光画像信号の出力レベルの比率が一定となるように、スケールを用いて各画像信号の出力レベルを増幅させて調整する場合がある。

【0005】このスケールには、可視帯域において所定の反射率にて白色光（可視光）を反射する反射板により構成される白色光用スケールと、励起光が照射されると所定の蛍光強度をもって発光する蛍光板により構成される蛍光用スケールとがあり、経験的に得られている臨床結果に基づいてその反射率及び蛍光強度が夫々設定されている。また、各スケールは、電子内視鏡の機種や観察対象に応じて複数種類用意されている。作業者は、使用する電子内視鏡に対応する白色光用スケール及び蛍光用スケールを幾つかのスケールの中から選び出し、選出した白色光用スケールに電子内視鏡の先端部を近接させた状態でこのスケールに白色光を照射し、電子内視鏡内の撮像素子により生成される通常画像信号の増幅率を設定した後、選出した蛍光用スケールに電子内視鏡の先端部を近接させた状態でこのスケールに紫外光を照射し、撮像素子により生成される蛍光画像信号の増幅率を設定していた。これにより、電子内視鏡を患者の体腔内に挿入して被検体を撮影するときには、設定された各増幅率にて各画像信号が増幅されるので、臨床的に有効に観察することができる合成画像をモニタに映し出すことができる。

【0006】

【発明が解決しようとする課題】しかしながら、上述したように、スケールには、数種類のスケールが存在するために、電子内視鏡システムが生成する通常画像信号と蛍光画像信号の出力レベルを調整する時に、これらスケールを取り違えて使用してしまうことがあった。また、各画像信号の出力レベルを調整する際には、通常画像信号の出力調整と蛍光画像信号の出力調整とを別々に行わねばならず、その調整の手順が非常に煩雑であった。

【0007】さらに、電子内視鏡の機種を交換するときや観察対象を変えるときには、その都度出力レベルの調整を行わねばならないために、需要者の間には、通常画像信号と蛍光画像信号の出力レベルのバランス調整を一度に手早く行いたいという要望があった。

【0008】本発明は、上述したような問題点を鑑みてなされたものであり、その課題は、白色光と紫外光とを交互に被検体に照射して通常画像信号と蛍光画像信号とを順次生成する方式の電子内視鏡システムであるにも拘わらず、電子内視鏡の機種や観察対象に対応するスケールを用いて通常画像信号と蛍光画像信号の出力レベルのバランス調整を一度に手早く行うことができる電子内視

鏡システムを、提供することにある。

【0009】

【課題を解決するための手段】上記の課題を達成するために構成された本発明は、交換可能に取り付けられる電子内視鏡と、前記電子内視鏡の照明光学系に対して可視光と紫外光とを交互に供給する光源装置と、前記可視光により照明された被検体の像と前記紫外光により励起して自家蛍光を発した被検体の像とが交互に前記電子内視鏡内の撮像素子によって撮像されて順次生成された各画像信号を処理する内視鏡プロセッサとを備え、バランス調整の開始指示の入力があると各画像信号の出力レベルが所定の比率となるように各画像信号の増幅率を設定し、設定した各増幅率にて各画像信号を増幅する電子内視鏡システムであって、前記電子内視鏡の先端部が挿入可能な挿入口が穿たれた筐体と、板形状に形成され、その一方の面には可視光が照射されると所定の反射率にて反射する白色光用スケール、及び紫外光が照射されると励起して所定の蛍光強度にて発光する蛍光用スケールを有し、その回転中に前記白色光用スケール及び前記蛍光用スケールが前記挿入口の前方を横切ることになる位置で回転可能に、前記筐体内部において着脱可能に保持される回転板と、前記筐体内部において保持された回転板と前記挿入口との間に配置され、前記電子内視鏡の先端部が前記挿入口に挿入されて前記回転板から所定距離だけ離れた位置に到達しているときに、前記電子内視鏡の先端近傍をその周囲から押圧して前記電子内視鏡の先端部を保持する保持機構と、前記筐体内部に保持された前記回転板を、前記電子内視鏡の先端部から射出される可視光と紫外光との切替に同期して回転駆動させることにより、前記可視光に対して前記白色光用スケールを挿入し、前記紫外光に対して前記蛍光用スケールを挿入する駆動装置とを備えたことを、特徴とする。

【0010】上記のように構成されると、電子内視鏡の先端部が挿入口より挿入されて回転板から所定距離だけ離れた位置に到達すると、保持機構は、電子内視鏡の先端近傍をその周囲から押さえ付けることによって、筐体内において電子内視鏡の先端部を保持することが可能となる。また、このような筐体内に電子内視鏡の先端部が保持されている状態において、回転板が筐体内に取り付けられた後、バランス調整の開始支持の入力があった場合には、電子内視鏡の先端部からは可視光及び紫外光が交互に射出される。このとき、電子内視鏡の先端部から可視光が射出されている期間のみ可視光が白色光用スケールに照射され、その先端部から紫外光が射出されている期間のみ紫外光が蛍光用スケールに照射される。これにより、可視光は白色光用スケールで反射されるとともに紫外光は蛍光用スケールを励起し、白色光用スケールからの反射光及び蛍光用スケールからの蛍光は、電子内視鏡に組み込まれる撮像素子により交互に受光されて順次通常画像信号及び蛍光画像信号として繰り返し生成さ

れ、各画像信号の出力レベルが所定の比率となるように各画像信号の増幅率が設定され、その時点での増幅率にて以後の通常使用時において各画像信号が増幅される。

【0011】従って、作業者は、電子内視鏡の機種を変更したり観察対象を変えた後であっても、電子内視鏡の機種や観察対象に対応したスケールの組み合わせを有する回転板を駆動装置の回転軸に取り付け、電子内視鏡の先端部を挿入口より差し込んだ後に、バランス調整処理の開始指示を入力することにより、通常画像信号と蛍光画像信号の出力レベルのバランス調整処理を、一度に簡単に手早く行うことができる。また、各画像信号のバランス調整を行う際に、挿入口の内径よりも十分に小さい外径を有する電子内視鏡の先端部を挿入したときでも、その先端部を回転板から所定距離だけ離れた位置に配置した状態で筐体内に保持させることができる。

【0012】本発明による電子内視鏡システムでは、保持機構は、電子内視鏡の先端近傍における同一円周上の複数箇所に対し、電子内視鏡の中心軸に垂直な方向から棒状のもので均等な圧力にて押圧することにより、電子内視鏡の先端部を保持する機構であっても良いし、電子内視鏡の先端近傍における同一円周上にワイヤ等を巻き付けて締め付けることにより、電子内視鏡の先端部を保持する機構であっても良い。

【0013】また、本発明による電子内視鏡システムでは、挿入深度を示す目盛りが電子内視鏡の先端部に記されていても良いし、電子内視鏡の先端部が回転板から所定距離だけ離れた位置に到達したことを検出するための先端部検出器が備えられていても良い。後者の先端部検出器は、先端部が接触したことを検出する突出部を備えたスイッチであっても良いし、赤外線の発光部と受光部とを備え、挿入口から挿入された電子内視鏡の先端部により赤外線が遮られて受光部に赤外線が入射されなくなったときに先端部が所定位置に到達したことを検出する赤外線センサであっても良い。何れの先端部検出器の場合でも、電子内視鏡の先端部が所定位置に到達したことが検出されたときには、その旨をランプを点灯する等して作業者に知らせ、保持機構の駆動を作業者にに行わせることにより先端部を筐体内に保持させるように構成されても良いし、その旨を先端部検出器から保持機構に通知して自動的に保持機構を駆動させることにより先端部を筐体内に保持させるように構成されていても良い。

【0014】さらに、本発明による電子内視鏡システムでは、回転板と駆動装置と先端部検出器と保持機構が、光源装置や内視鏡プロセッサと一体に組み込まれても良いし、光源装置や内視鏡プロセッサとは別体に組み込まれても良い。前者の場合には、光源装置及び内視鏡プロセッサを収容する筐体に挿入口を設けるとともにその筐体に回転板と駆動装置と保持機構とを組み込んだ構成となる。後者の場合には、光源装置や内視鏡プロセッサとは別体に形成した筐体に挿入口を設けるとともにその筐

体に回転板と駆動装置と保持機構とを組み込んだ構成となる。

【0015】

【発明の実施の形態】以下、本発明による電子内視鏡システムの実施形態について図面を参照しながら説明する。

【0016】図1は、本発明の実施形態である電子内視鏡システム1の概略の外観を示す斜視図である。

【0017】この電子内視鏡システム1は、患者の体内にその先端部10aが挿入される電子内視鏡10と、この電子内視鏡10のコネクタ10bが差し込まれている外部装置20と、スケール回転装置60とを有する。このうちの外部装置20には、電子内視鏡10に照明光や励起光を供給する光源装置や電子内視鏡10により生成される画像信号を処理する内視鏡プロセッサ等が、収容されている。また、この外部装置20の筐体には、操作パネル30が備えられ、この操作パネル30には、後述するバランス調整処理の開始指示を入力するためのバランス調整ボタン30aが備えられている。尚、電子内視鏡10としては、被検体の種類に応じた様々な特性を有する複数の機種が用意されている。そして、これらが交換されて使用されるように、電体内視鏡10は、着脱可能なコネクタ10bを介して外部装置20の筐体に取り付けられている。

【0018】一方、スケール回転装置60は、円柱をその中心軸に沿って切断してその切断面を底面とした形状、いわゆる薄錐形に形成された筐体61を有し、湾曲面（円柱面）と底面に対して垂直な2つの略半円形の側面のうち、一方の側面には、電子内視鏡10の先端部10aを挿入するための挿入口61aと、外部装置20からのケーブルCの先端のコネクタを差し込むためのコネクタ差込口61bが形成され、他方の側面は、筐体61に対して開閉可能な蓋61cとして形成されている。

【0019】先ず、電子内視鏡システム1の電子内視鏡10及び外部装置20の構成及び動作について説明する。

【0020】図2は、本例の電子内視鏡10及び外部装置20の概略構成を示す説明図である。

【0021】この図2に示すように、コネクタ10bを介して電子内視鏡10が接続された外部装置20には、操作パネル30と、電子内視鏡10に照明光及び励起光を供給する光源装置40と、この光源装置40を制御したり電子内視鏡10からの画像信号を受信して処理する内視鏡プロセッサ50とが、内蔵されている。

【0022】また、内視鏡プロセッサ50は、照明光及び励起光や画像信号などを同期させるためのタイミングコントローラ51と、電子内視鏡10からの画像信号を処理してRGB画像信号に変換してモニタ2に送出する画像信号処理回路52と、操作パネル30等から入力される指示により外部装置20全体の制御を行うシステム

コントローラ 53 とを、備えている。

【0023】電子内視鏡 10 は、コネクタ 10b が外部装置 20 の筐体に差し込まれると光源装置 40 の所定の位置にその入射端 11a が配置されるライトガイドファイババンドル（以下、「ライトガイド」と省略する）11 と、このライトガイド 11 に導かれた照明光及び励起光を広範囲に照射するための配光レンズ 12 と、被検体（体腔壁）の像を形成する対物光学系 13 と、この対物光学系 13 の結像面近傍に配置されて体腔壁の像を撮像する固体撮像素子（CCD）14 と、この CCD 14 へ 10
駆動用の転送パルスを送信したり画像信号処理回路 52
へ画像信号を送信するための電線 15 と、先端部 10a
近傍を湾曲させるための図示せぬ湾曲機構と、その図示
せぬ湾曲機構を操作するためのハンドル 16 と、システム
コントローラ 53 に入力される信号を生ずるボタンや
スイッチ等を備える操作部 17 と、その操作部 17 から
システムコントローラ 53 へ各種の信号を伝送するため
の電線 18 とを、備えている。尚、電線 15、18 は、
電子内視鏡 10 のコネクタ 10b が外部装置 20 の筐体
に差し込まれると、夫々、画像信号処理回路 52 及びシ
ステムコントローラ 53 に接続される。 20

【0024】光源装置 40 は、白色光用光源 41、第 1
の回転シャッタ 42、ハーフミラー 43、集光レンズ 44、
紫外光用光源 45、及び、第 2 の回転シャッタ 46
から、構成されている。

【0025】白色光用光源 41 は、通常観察用の照明光
としての白色光を射出するキセノンランプ（図示せず）
や、このキセノンランプから射出された白色光が平行光
となるように反射させるリフレクタ（図示せず）等により、
構成されている。また、紫外光用光源 45 は、被検 30
体（体腔壁）の自家蛍光の励起光として紫外光を射出する
紫外線ランプ（図示せず）や、この紫外線ランプから
射出された紫外光が平行光となるように反射させるリフ
レクタ（図示せず）等により、構成されている。

【0026】白色光用光源 41 から発せられる可視領域
の波長からなる平行光束（以下、「平行白色光束」とい
う）は、第 1 の回転シャッタ 42 を通過し、ハーフミ
ラー 43 を透過した後、集光レンズ 44 によりライトガ
イド 11 の入射端 11a へ収束される。

【0027】一方、平行白色光束と交差するように紫外 40
光用光源 45 から発せられる紫外領域の波長からなる平
行光束（以下、「平行紫外光束」という）は、第 2 の回
転シャッタ 46 を通過し、ハーフミラー 43 により反射
された後、集光レンズ 44 によりライトガイド 11 の入
射端 11a へ収束される。

【0028】図 3 の（a）は、第 1 の回転シャッタ 42
の正面図であり、図 3 の（b）は、第 2 の回転シャッタ
46 の正面図である。

【0029】第 1 及び第 2 の回転シャッタ 42、46
は、図 2 及び図 3 に示すように、モータ 42a、46a 50

の駆動軸に対して同軸に取り付けられた円板に、その円
板の中心に頂点が一致するとともにその頂角が約 60°
の角度を有する扇状の開口部 42c、46c が形成され
ることによって、構成されている。

【0030】これら第 1 及び第 2 の回転シャッタ 42、
46 の外周縁の近傍には、図 2 に示すように、タイミン
グコントローラ 51 に接続されたセンサ 42b、46b
が、配置されている。これらセンサ 42b、46b は、
第 1 及び第 2 の回転シャッタ 42、46 の回転状態を検
知してタイミングコントローラ 51 へ通知する。また、
これらモータ 42a、46a もタイミングコントローラ
51 に接続されており、それらの回転の速度と位相がタ
イミングコントローラ 51 により制御される。

【0031】図 4 は、内視鏡プロセッサ 50 内部の概略
構成を示すブロック図である。

【0032】この図 4 に示すように、タイミングコン
ローラ 51 は、同期パルス信号を発生するとともにこの
同期パルス信号に照明光及び励起光や画像信号などを同
期させるタイミング生成回路 511 と、センサ 42b、
46b で検知された回転状態に基づいて第 1 及び第 2 の
回転シャッタ 42、46 を回転させるモータ 42a、46a
の駆動を制御する回転シャッタ制御回路 512 と、
タイミング生成回路 511 からの同期パルス信号に応じ
て CCD 14 に転送パルスを送出する CCD ドライバ 5
13 とを、備えている。

【0033】尚、回転シャッタ制御回路 512 がモータ
42a、46a の回転の速度と位相とを制御することに
より、ライトガイド 11 の入射端 11a には、可視領域
の波長からなる光束と紫外領域の波長からなる光束とが
交互に入射する。このときの各光束が入射端 11a に入
射する様子を、図 5 に模式的に示している。この図 5
において、両破線間の間隔は、同じ回転速度で回転する各
回転シャッタ 42、46 が一周する期間を示し、（a）
のグラフにおいて立ち上がっている期間は、ライトガ
イド 10 の入射端 11a に光束が入射している期間を示
し、（b）のグラフにおいて立ち上がっている期間は、
CCD 14 に蓄積された一画面分の電荷を画像信号とし
て読み出すための転送期間を示している。この図 5 に
示すように、各回転シャッタ 42、46 が一周する間に、
白色光（可視光）と紫外光がこの順で入射端 11a へ入
射し、また、白色光と紫外光が入射端 11a へ入射する
タイミングに同期して対物光学系 13 により形成される
像が CCD 14 に蓄積されて読み出される。

【0034】また、図 4 に示すように、画像信号処理回
路 52 は、CCD 14 からの画像信号に対して増幅、ク
ランプ、サンプルホールド、γ補正などの処理を行うた
めの前段信号処理回路 521 と、後述するモノクロ画像
信号と蛍光画像信号とを夫々所定の増幅率にて増幅する
ためのレベル設定回路 522 と、アナログ/デジタル
（A/D）コンバータ 523 と、画像信号を一時記憶す

るためのメモリ部 524 と、デジタル/アナログ (D/A) コンバータ部 525 と、画像信号に対してクランプ、ブランキング、インピーダンスマッチング等の処理を行うための後段信号処理回路 526a, 526b と、画像信号を加算するための加算器 527 とを、備えている。さらに、メモリ部 524 は、蛍光画像信号用メモリ 524a 及びモノクロ画像信号用メモリ 524b を備えているとともに、D/A コンバータ部 525 は、両メモリ 524a, 524b に対応した D/A コンバータ 525a, 525b を備えている。

【0035】システムコントローラ 53 は、システムバス B を介して互いに接続された CPU 531, メモリコントロール回路 532, I/O ポート 533, RAM 534, 及び、ROM 535 を備えている。

【0036】CPU 531 は、システムバス B に接続される操作パネル 30 や電子内視鏡 10 の操作部 17 において入力された指示により、光源装置 40 及び内視鏡プロセッサ 50 の制御を行う中央処理回路である。メモリコントロール回路 532 は、CPU 531 からの命令に従って画像信号処理回路 52 の各メモリ 524a, 524b を制御する。I/O ポート 533 は、CPU 531 からの命令に従って画像処理制御回路 52 からのデータを受信する。RAM 534 は、CPU 531 の作業領域が展開されるランダムアクセスメモリである。ROM 535 は、電子内視鏡システム 1 を制御するための各種のプログラムが格納されたメモリである。

【0037】ROM 535 に格納されるプログラムには、CPU 531 によって読み込まれることによりバランス調整処理を実行するものが含まれている。このバランス調整処理を実行するためのプログラムは、CPU 531 に対し、第 1 及び第 2 の回転シャッタ 42, 46 の同期した回転の開始を指示させ、後述するモノクロ画像信号と蛍光画像信号を D/A コンバータ部 525 から受信させ、各画像信号の出力レベルが所定の比率となるように各画像信号に対する増幅率を設定させ、それらの増幅率にて各画像信号を増幅するようにレベル設定回路 522 に対する制御を行わせる。

【0038】上述した電子内視鏡 10 及び外部装置 20 では、電子内視鏡 10 の先端部 10a が患者の体腔内に挿入されている場合、第 1 及び第 2 の回転シャッタ 42, 46 の回転に伴って、白色光及び紫外光が交互にライトガイド 11 の入射端 11a へ入射されると、ライトガイド 11 を通って射出端より射出される白色光及び紫外光が、被検体 (体腔壁) に向けて照射される。すると、白色光により照明された体腔壁表面の対物光学系 13 による像、及び、紫外光により励起されて自家蛍光を発した体腔壁の対物光学系 13 による像が、CCD 14 の撮像面上に順次形成される。その CCD 14 は、上述したように、タイミング生成回路 511 からの同期パルス信号を受けた CCD ドライバ 513 により駆動され、

照明光及び励起光によって形成される被検体の像を順次撮像して電気信号に変換する。

【0039】CCD 14 から時系列に出力されるモノクロ画像信号及び蛍光画像信号は、前段信号処理回路 521 において各種の処理を施され、CPU 531 によって制御されるレベル設定回路 522 により互いの画像信号の出力レベルが所定の比率となるように夫々増幅された後、A/D コンバータ 523 によりデジタル信号に変換される。

10 【0040】A/D コンバータ 523 により順次デジタル信号に変換されたモノクロ画像信号及び蛍光画像信号は、CPU 531 の命令に従ったメモリコントロール回路 532 によって各画像信号に対応するメモリ 524a, 524b に振り分けられ、一旦各メモリ 524a, 524b に格納された後、夫々 D/A コンバータ部 525 の D/A コンバータ 525a, 525b へ同時に出力される。このように同期化された各メモリ 524a, 524b からのデジタル信号は、夫々各 D/A コンバータ 525a, 525b でアナログ信号に変換される。

20 【0041】これらアナログ信号に変換されたモノクロ画像信号及び蛍光画像信号は、各画像信号に対応する後段信号処理回路 526a, 526b において各種の処理を施される。

【0042】後段信号処理回路 526b で処理されたモノクロ画像信号は、互いに同じ出力となる 3 つの画像信号に分配されて RGB 画像信号として生成されるとともに、このうちの B 画像信号には、後段信号処理回路 526a で処理された蛍光画像信号が加算器 527 において加算される。

30 【0043】そして、蛍光画像信号が加算された B 画像信号とともに G 画像信号及び R 画像信号は、モニタ 2 へ出力され、同時に、タイミング生成回路 511 からの同期信号 SYNC も、モニタ 2 へ出力される。このモニタ 2 では、白色光により照明された体腔壁の白黒画像に対して自家蛍光を発した部分を青色に着色した画像が、映し出される。

【0044】次に、外部装置 20 が生成するモノクロ画像信号及び蛍光画像信号の夫々の出力レベルを調整するために用いるスケール回転装置 60 について説明する。

40 【0045】図 6 及び図 7 は、本例のスケール回転装置 60 の概略構成を示し、図 6 は、正面から見たときの透視図であり、図 7 は、上面から見たときの透視図である。

【0046】このスケール回転装置 60 は、図 1 に示したような蒲鉾形の筐体 61 内に、バッテリー 63, 制御回路 64, 第 1 のドライバ回路 65, 第 1 のモータ 66, ギア軸受け 67, センサ 68, 回転板 69, 第 2 のドライバ回路 70, 第 2 のモータ 71, ワイヤ 72, 緩衝材 73, 圧力センサ 74, アナログ/デジタル (A/D) コンバータ 75, 及び、先端部検出器 76 を、備えてい

る。

【0047】この筐体 61 には、上述したように略半円形の 2 つの側面（図 6 では左右の側面）のうちの一方の側面に挿入孔 61a が備えられており、筐体 61 の内部には、この挿入孔 61a から回転板 69 の側面に向けて電子内視鏡 10 の先端部 10a をガイドする挿入孔 62 が、形成されている。

【0048】この挿入孔 62 は、図 6 及び図 7 に示すように、電子内視鏡 10 の先端部 10a の外径より若干太めの内径に形成されている。但し、この挿入孔 62 に 10 は、軸方向における所定の区間に亘って隙間が形成され、この隙間には、この隙間とほぼ同じ軸方向長さを有するとともに挿入孔 62 の内径とほぼ等しい内径を有する円筒状の緩衝材 73 が、この挿入孔 62 とほぼ同軸の状態に配置されている。この緩衝材 73 の外周には、軸周りに沿って環状の溝が形成されており、ワイヤ 72 がこの溝に嵌められた状態で一重に（即ち、一周分）巻き付けられている。

【0049】また、挿入孔 61a が備えられている筐体 61 の側面には、上述したように外部装置 20 から 20 のケーブル C のコネクタを差し込むためのコネクタ差込口 61b が形成されており、このコネクタ差込口 61b にコネクタを差し込んでケーブル C を接続すると、外部装置 20 のタイミング生成回路 511 から同期信号 SYNC がこのケーブル C を介して制御回路 64 に送信される。

【0050】制御回路 64 は、バッテリー 63 より電力が供給されることにより駆動し、回転板 69 が外部装置 20（タイミング生成回路 511）からの同期信号 SYNC に同期して回転するように、第 1 のドライバ回路 65 を制御するとともに、先端部検出器 76 から通知される信号 30 と、圧力センサ 74 から A/D コンバータ 75 を介して通知される信号と、筐体 61 に備えられるボタン 77 からの入力信号とを受けて、第 2 のドライバ回路 70 を制御する。

【0051】第 1 のドライバ回路 65 は、制御回路 64 からの命令に応じた回転速度で第 1 のモータ 66 が駆動するように、バッテリー 63 から供給される電力を調整して第 1 のモータ 66 に出力する。第 1 のモータ 66 による回転運動は、第 1 のモータ 66 の駆動軸の先端に備えられる歯車 66a から歯車 67a を介して回転板 69 に 40 伝達される。その回転板 69 が取り付けられている回転軸 67b と歯車 67a が固定されている歯車軸とは、ギア軸受け 67 に回転可能に取り付けられている。尚、回転板 69 の回転状態は、センサ 68 によって検知されて制御回路 64 に通知される。

【0052】図 8 は、本例のスケール回転装置 60 の回転板 69 の正面図である。

【0053】回転板 69 は、図 6 乃至図 8 に示すように、円板の一方の側面上にこの円板と同軸な状態で歯車 69a を固定するとともに、他方の側面の中心付近に四 50

角柱状の摘み 69b をこの面に対して貼り付けることによって、構成されている。また、この回転板 69 は、歯車 69a が固定されている側面において、白色光が照射されると所定の反射率にて反射する白色光用スケールとしてのコーティングが施された白色光反射部 69c と、紫外光が照射されると励起して所定の蛍光強度にて発光する蛍光用スケールとしてのコーティングが施された蛍光発光部 69d とを、備えている。これら白色光反射部 69c 及び蛍光発光部 69d は、夫々、半円形状に形成され、互いの直線状の辺を接合するように配置されている。これにより、回転板 69 の表面は、白色光反射部 69c が占める領域と蛍光発光部 69d が占める領域の 2 つの領域に区分されている。そして、この回転板 69 は、図 6 及び図 7 に示すように、両スケールが備えられた面が挿入孔 62 に対向するように配置されている。

【0054】図 9 は、本例のスケール回転装置 60 の挿入孔 62 に備えられる保持機構を示した説明図である。

【0055】図 7 及び図 9 に示すように、挿入孔 62 に備えられた緩衝材 73 には、上述したようにワイヤ 72 が巻き付けられ、そのワイヤ 72 の一端は、第 2 のモータ 71 の駆動軸の先端に取り付けられたプーリー 71a に固定されている。この第 2 のモータ 71 は、制御回路 64 からの命令に従った第 2 のドライバ回路 70 により正逆に駆動するように制御され、駆動軸を駆動するとワイヤ 72 をプーリー 71a に巻き取る。

【0056】一方、ワイヤ 72 のもう一端は、圧力センサ 74 を介して筐体 61 に固定されている。この圧力センサ 74 は、第 2 のモータ 71 によるワイヤ 72 の引力を検出し、この引力が所定の強さになると A/D コンバータ 75 を介して制御回路 64 に通知する。

【0057】尚、挿入孔 62 と回転板 69 との間には、図 7 に示すように、先端部検出器 76 が備えられている。この先端部検出器 76 は、四角柱の一方の底面をこの底面に対して約 30° 傾く斜面に形成してこの斜面と 1 つの側面との稜辺を突出させた形状を有する突出部 76a と、この突出部 76a における斜面とは反対側の底面を含む底部が嵌め込まれる箱形のケース 76d と、このケース 76d の内側の底面と突出部 76a の底面とに挟まれた状態でケース 76d 内に備えられる圧縮コイルバネ 76b と、このケース 76d の内側の底面に備えられるセンサ（マイクロスイッチ）76c とを、有する。この圧縮コイルバネ 76b の自然状態においては、突出部 76a における上記斜面を含む先端部が、ケース 76d から突出している。そして、この先端部検出器 76 は、図 7 に示すように、コイルバネ 76b の中心軸が挿入孔 62 の軸に対して垂直であり、且つ、突出部 76a におけるケース 76d から突出している部分がその上記斜面を挿入孔 61a 側に向けて挿入孔 62 内に侵入した状態で、挿入孔 62 と回転板 69 との間に配置されている。

【0058】図10の(a)は、挿入孔62に挿入された電子内視鏡10の先端部10aにより先端部検出器76の突出部76aがケース内に押し込められた状態を示し、図10の(b)は、ワイヤ72がプーリー71aに巻き取られた状態を示す説明図である。

【0059】この先端部検出器76では、図10の(a)に示すように、挿入孔62に挿入された電子内視鏡10の先端部10aによって突出部67aの先端の斜面が押されると、突出部76aがコイルバネ76bの付勢に抗してケース76d内に押し込められる。そして、突出部76aの底面がセンサ76cに接触すると、電子内視鏡10の先端部10aが所定位置に達した旨が、制御回路64に通知される。

【0060】以上に示したスケール回転装置60では、電子内視鏡10の先端部10aが所定位置に到達したことが先端検出器76によって制御回路64に通知されると、制御回路64が、第2のドライバ回路70を制御して第2のモータ71を駆動させ、ワイヤ72をプーリー71aの周囲に巻き取らせる。第2のモータ71の駆動によってプーリー71aに巻き取られるワイヤ72は、図10の(b)に示すように、周囲から中心に向かって緩衝材73を締め付けるとともに、この時点で緩衝材73内を貫通している電子内視鏡10の先端部10aを締め付ける。圧力センサ74は、第2のモータ71によって巻き取られたワイヤ72の引力が所定の強さ以上になった場合に、その旨を制御回路64に通知し、制御回路64は、第2のドライバ回路70を制御して第2のモータ71の駆動を停止させる。

【0061】一方、筐体61の背面に備えられるボタン77が押下されると、その通知を受けた制御回路64は、第2のドライバ回路70を制御して第2のモータ71を逆回転させ、緩衝材73を介して電子内視鏡10の先端部10aを締め付けていたワイヤ72を緩める。このとき、緩衝材73は、締め付け力が弱まるのに応じて元の形状に徐々に回復し、ワイヤ72の締め付け力がなくなった時点で元の円筒形状に回復する。圧力センサ74は、ワイヤ72の引力がなくなった場合に、その旨を制御回路64に通知し、制御回路64は、第2のドライバ回路70を制御して第2のモータ71の駆動を停止させる。これにより、挿入孔62及び緩衝材73から電子内視鏡10の先端部10aを引き抜くことが可能になる。そして、電子内視鏡10が挿入孔62から引き抜かれると、先端部検出器76の突出部76aは、コイルバネ76bの弾力性により挿入孔62内に突出するように押し出される。

【0062】また、スケール回転装置60の制御回路64は、第1のドライバ回路65を制御して、同期信号SYNCに同期するように回転板69を回転させる。このとき、回転板69は、光源装置40内の第1及び第2の回転シャッタ42、46の回転速度と同じ速度で回転され

るとともに、電子内視鏡10の先端部10aから白色光(可視光)が射出されている期間に、白色光反射部69cが挿入孔62の延長線を横切り、電子内視鏡10の先端部10aから紫外光が射出されている期間に、蛍光発光部69dが挿入孔62の延長線を横切るように、回転される。

【0063】尚、この回転板69では、図8に示すように、歯車69cの中心に孔が形成されている。そして、回転板69は、この歯車69cの孔に対してギア軸受け67に取り付けられている回転軸67bを抜き差しすることにより、この回転軸67bに対して着脱される。また、この歯車69aの中心に形成される孔の内面の一部にはその中心軸に沿って溝が形成されている。そして、回転軸67bの先端においてその軸方向に沿って形成されるキー状の突起(図示せず)をこの溝に嵌め合わせることで、回転板69が回転軸67bに対してその軸周り方向に滑らないように固定される。

【0064】図11は、本例のスケール回転装置60の筐体61の蓋61cを開いた状態を示す側面図である。

【0065】回転板69は、上述したように、回転軸67bに対して抜き差し可能となっているので、この回転板69を交換する際には、図11に示すように、筐体61の蓋61cを開け(図6に示すように、この蓋61cは蝶番61dを軸に開閉する)、摘み69bを摘んで回転板69を手前に引き抜くことにより、回転板69をギア軸受け67の回転軸67bから取り外す。そして、取り外した回転板69を事前に用意しておいた回転板69と交換し、この用意しておいた回転板69の摘み69bを摘んで、歯車67aの歯に歯車69aの歯を噛み合わせつつ回転軸67bが歯車69aの孔に差し込まれるように、回転板69を押し込み、蓋61cを閉める。

【0066】尚、本実施形態においては、白色光用スケールの反射率や蛍光用スケールの蛍光強度の組み合わせが互いに異なる様々な種類の回転板が、予め複数用意され、外部装置20に取り付けた電子内視鏡10の機種やその観察対象に対応する両スケールの組み合わせを有する回転板69が、複数の回転板69の中から選択されて回転軸67bに取り付けられる。

【0067】次に、以上に示したスケール回転装置60を用いて外部装置20が出力する各画像信号の出力レベルを調整する手順及び動作について説明する。

【0068】本例の電子内視鏡システム1では、バランス調整時においては、回転板69がギア機構の回転軸に固定され、同期信号SYNCを取り出すためのケーブルCのコネクタがスケール回転装置60の筐体61のコネクタ差込口61bに差し込まれるとともに、電子内視鏡10の先端部10aがスケール回転装置60の筐体61の挿入口61aへ挿入される。すると、電子内視鏡10の先端部10aが緩衝材73を介してワイヤ72に締め上げられることによって挿入孔62内に保持される。

【0069】そして、外部装置 20 の筐体に備えられた操作パネル 30 上のバランス調整ボタン 30 a が押下されると、その入力信号が CPU 531 に送られ、モノクロ画像信号 (RGB 画像信号) と蛍光画像信号との出力レベルのバランス調整処理が実行される。

【0070】バランス調整処理の実行が開始されると、第 1 及び第 2 の回転シャッタ 42, 46 の回転が開始され、スケール回転装置 60 の回転板 69 に近接する状態 (図 6) にある電子内視鏡 10 の先端部 10 a から、タイミングコントローラ 51 によって制御される第 1 及び第 2 の回転シャッタ 42, 46 の同期した回転に伴って、白色光 (可視光) と紫外光とが、交互に射出される。

【0071】電子内視鏡 10 の先端部 10 a から交互に射出された白色光と紫外光は、スケール回転装置 60 の回転板 69 の回転に伴ってこの先端部 10 a の前方 (即ち、CCD 14 によって撮像される空間) を交互に横切る白色光反射部 69 c と蛍光発光部 69 d に、繰り返し照射される。このとき、白色光反射部 69 c は、電子内視鏡 10 の先端部 10 a の前方を横切る間のみ白色光を照射され、蛍光発光部 69 d は、この先端部 10 a の前方を横切る間のみ紫外光を照射される。

【0072】電子内視鏡 10 の先端部 10 a に組み込まれた CCD 14 は、白色光反射部 69 c において反射した白色光と、蛍光発光部 69 d から発光される蛍光とを、交互に受光して、各々モノクロ画像信号及び蛍光画像信号としての電気信号に変換する。

【0073】I/Oポート 533 を介してモノクロ画像信号及び蛍光画像信号を受信した CPU 531 は、各画像信号の出力レベルが所定の比率となるように各画像信号に対する増幅率を設定して RAM 534 に記憶するとともに、設定した増幅率によってレベル設定回路 522 を制御することにより、時系列に出力されるモノクロ画像信号と蛍光画像信号を夫々増幅する。ここで、所定の比率とは、モノクロ画像信号に基づく白黒画像と蛍光画像信号に基づく青色画像とのバランスが調整されて被検体を有効に観察することができるように臨床経験に基づいて決められたものである。

【0074】そして、以上のバランス調整処理が行われた後、スケール回転装置 60 に差し込んでいたケーブル C のコネクタを抜いてモニタ 2 の所定の差込口に差し込むとともに、電子内視鏡 10 を患者の体腔内に挿入して被検体を観察するときには、モノクロ画像信号と蛍光画像信号は、RAM 534 に記憶された各画像信号に対する増幅率に応じてレベル設定回路 522 により増幅されるので、夫々の出力レベルのバランスが整えられた状態でモニタ 2 に出力される。これにより、モニタ 2 には、臨症的に有効に観察することができる被検体の映像が映し出される。

【0075】また、電子内視鏡 10 の機種を変更すると

きや観察対象を変更するときには、スケール回転装置 60 では、回転板 69 が、電子内視鏡 10 の機種やその被検体の種類に対応する白色光反射部 69 c 及び蛍光発光部 69 d の組み合わせを持つ回転板 69 に、交換される。

【0076】そして、ケーブル C のコネクタがスケール回転装置 60 の筐体 61 のコネクタ差込口 61 b に差し込まれ、電子内視鏡 10 の先端部 10 a がスケール回転装置 60 の筐体 61 の挿入口 61 a へ挿入されて先端部 10 a が保持された後、操作パネル 30 上のバランス調整ボタン 30 a が押下されると、上述したのと同様に、各画像信号との出力レベルのバランス調整処理が実行し直される。

【0077】この場合のように回転板 69 を変更したとしても、電子内視鏡 10 の先端部 10 a から射出される白色光は、射出される期間のみ白色光反射部 69 c に向けて照射されて CCD 14 においてモノクロ画像信号として生成され、電子内視鏡 10 の先端部 10 a から射出される紫外光は、射出される期間のみ蛍光発光部 69 d に向けて照射され蛍光画像信号として生成される。そして、画像信号処理回路 52 では、各画像信号の出力レベルが所定の比率となるように各画像信号に対する増幅率が設定されて RAM 534 に記憶される。このため、モノクロ画像信号と蛍光画像信号の出力レベルが所定の比率となるように調整されるので、やはり、モニタ 2 には、臨症的に有効に観察することができる被検体の映像が映し出される。

【0078】以上に示したように、本実施形態の電子内視鏡システム 1 では、挿入孔 62 に電子内視鏡 10 の先端部 10 a を挿入すると、電子内視鏡 10 の先端部 10 a が、回転板 69 から所定の位置に離れた先端部検出器 76 によって検出され、ブリーフ 71 a に巻き取られたワイヤ 72 によって締め付けられて、挿入孔 62 内に保持される。また、ケーブル C のコネクタをスケール回転装置 60 のコネクタ差込口 61 b に差し込み、操作パネル 30 上のバランス調整ボタン 30 a を押下するだけで、自動的に各画像信号の出力レベルのバランスが調整される。さらに、スケール回転装置 60 に保持された電子内視鏡 10 の先端部 10 a は、筐体 61 の背面のボタン 77 が押下されるだけで簡単にリリースされて挿入孔 62 から引き抜くことが可能となる従って、作業者にとっては、電子内視鏡 10 の機種を交換した場合や観察対象を変更した場合でも、回転板 69 を交換するとともに電子内視鏡 10 を挿入口 61 a に抜き差しするだけで、手際よく簡単に、電子内視鏡 10 の機種や被検体に対応したバランス調整を正確に行うことができる。

【0079】

【発明の効果】以上に説明したように、本発明の電子内視鏡システムによれば、白色光と紫外光とを交互に被検体に照射して通常画像信号と蛍光画像信号とを順次生成

する方式の電子内視鏡システムの場合にも、電子内視鏡の機種や観察対象に対応するスケールを用いて通常画像信号と蛍光画像信号の出力レベルのバランス調整を一度に手早く行うことができる。

【図面の簡単な説明】

【図1】 本発明の実施形態である電子内視鏡システムの概略の外観を示す斜視図

【図2】 本例の電子内視鏡及び外部装置の概略構成を示す説明図

【図3】 本例の光源装置における（a）第1の回転シャッタ、及び、（b）第2の回転シャッタの正面図

【図4】 本例の内視鏡プロセッサ内部の概略構成を示すブロック図

【図5】 （a）ライトガイドの入射端に光束が入射する周期、及び、（b）CCDに蓄積された一画面分の電荷を画像信号として読み出すための転送周期を示す模式図

【図6】 本例のスケール回転装置の概略構成を示す透視図

【図7】 本例のスケール回転装置の概略構成を示す透視図

【図8】 本例のスケール回転装置の回転板の正面図

【図9】 本例のスケール回転装置の挿入孔に備えられる保持機構を示す説明図

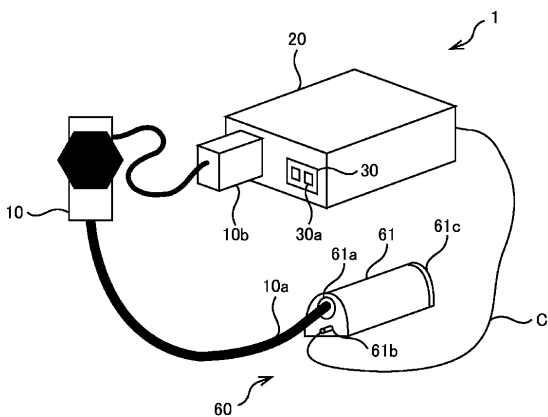
【図10】 本例のスケール回転装置において（a）電子内視鏡の先端部が挿入孔に挿入されてその先端部を先端部検出器が検出した状態を示した説明図、（b）プーリーにワイヤが巻き取られた状態を示す説明図

【図11】 本例のスケール回転装置の筐体の蓋を開いた状態を示す側面図

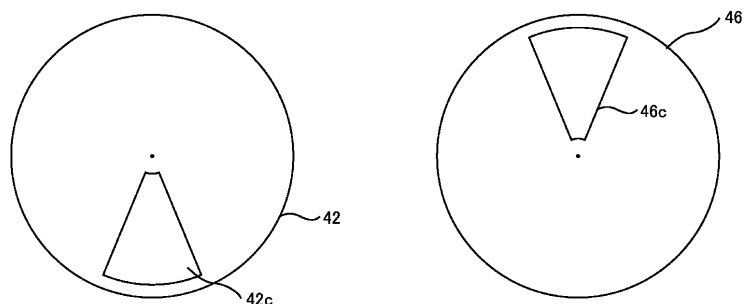
*【符号の説明】

1	電子内視鏡システム
10	電子内視鏡
10a	先端部
10b	コネクタ
11	ライトガイドファイババンドル
14	固体撮像素子（CCD）
20	外部装置
30	操作パネル
30a	バランス調整ボタン
40	光源装置
50	内視鏡プロセッサ
51	タイミングコントローラ
52	画像信号処理回路
53	システムコントローラ
60	スケール回転装置
62	挿入孔
64	制御回路
65	第1のドライバ回路
66	第1のモータ
69	回転板
69c	白色光反射部
69d	蛍光発光部
70	第2のドライバ回路
71	第2のモータ
72	ワイヤ
73	緩衝材
74	圧力センサ
76	先端部検出器
77	ボタン

【図1】



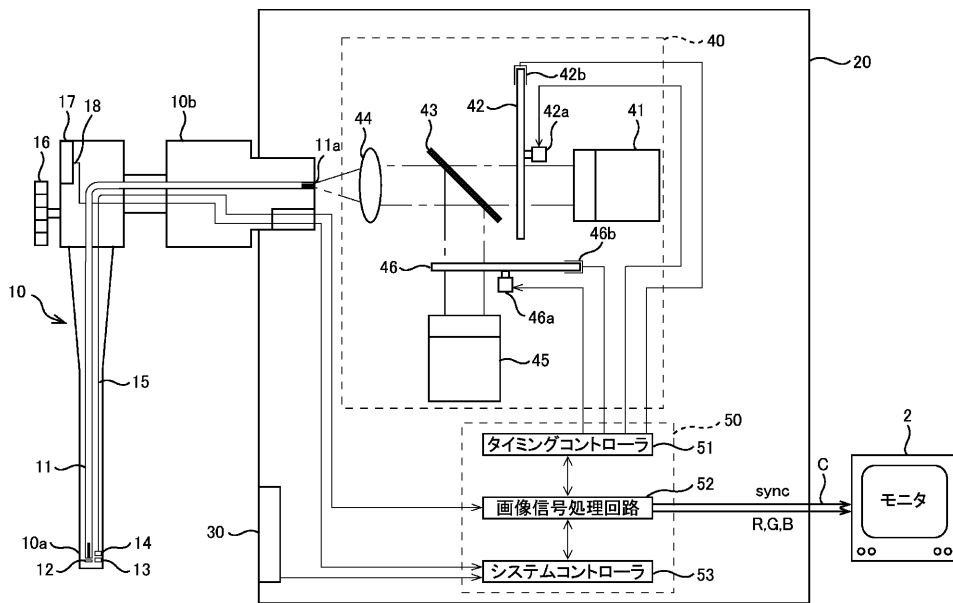
【図3】



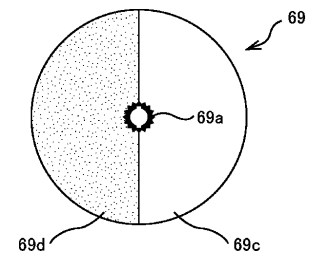
(a)第1の回転シャッタ

(b)第2の回転シャッタ

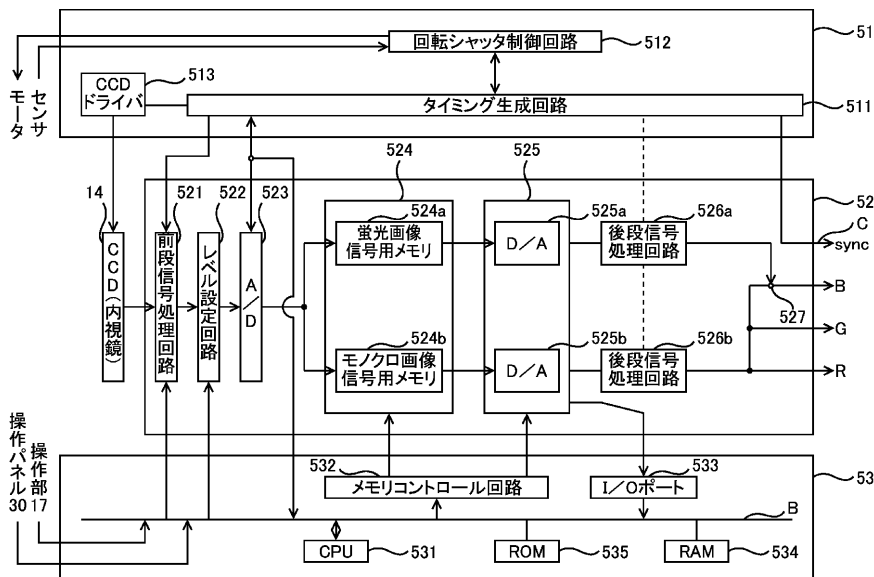
【図2】



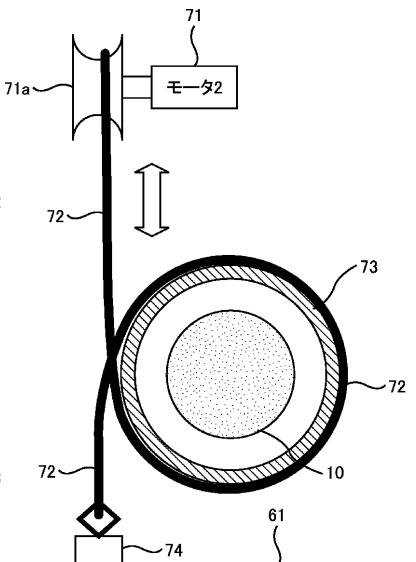
【図8】



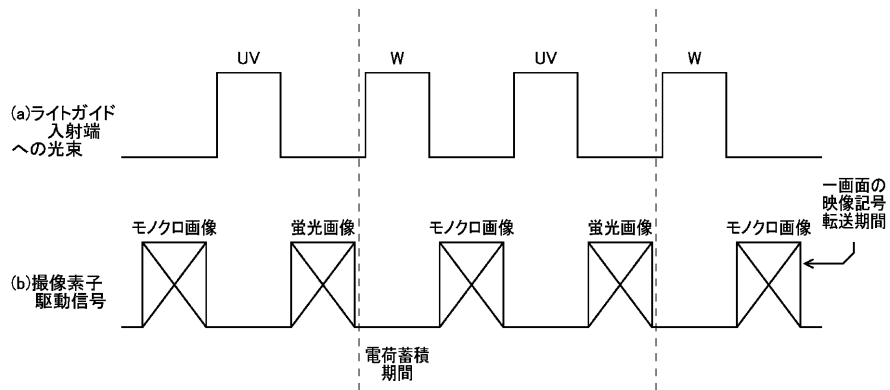
【図4】



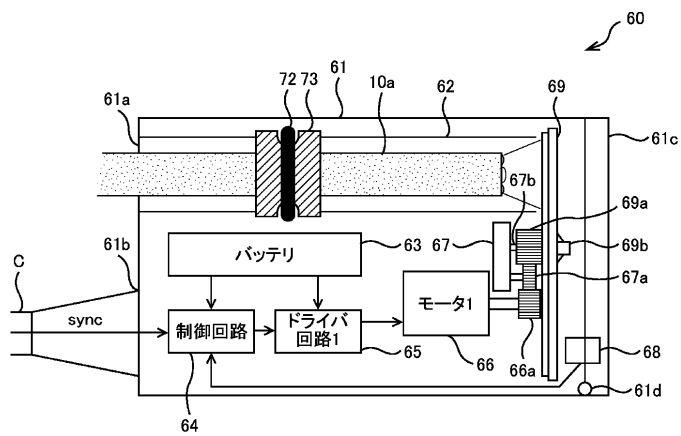
【図9】



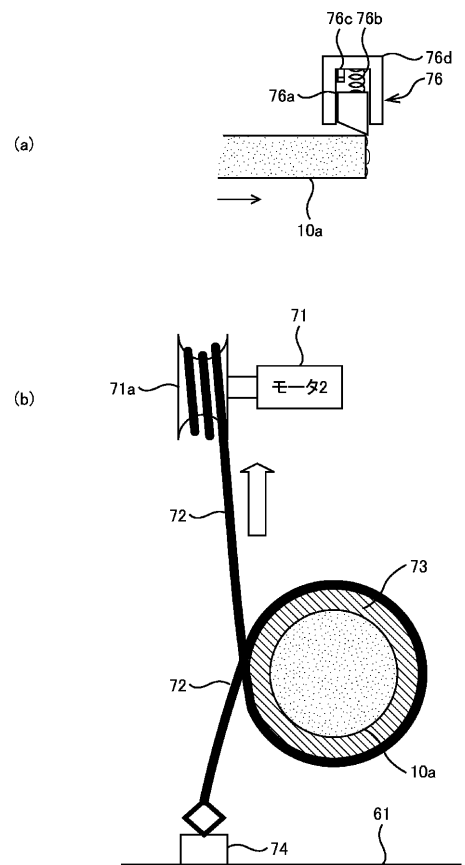
【図 5】



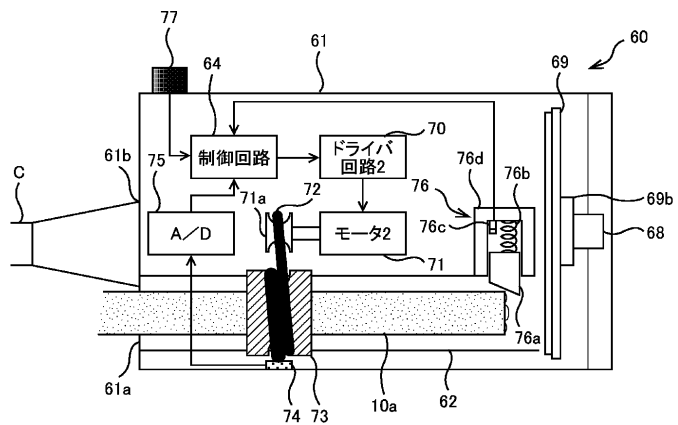
【図 6】



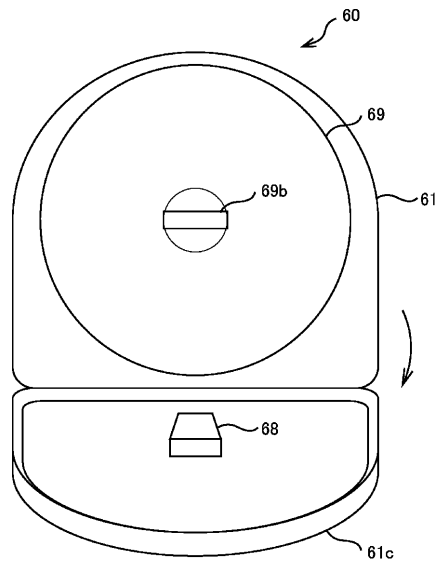
【図 10】



【圖 7】



【図11】



フロントページの続き

(51)Int.Cl. ⁷	識別記号	F I	テ-マコ-ド [*] (参考)
H 0 4 N	7/18	H 0 4 N 7/18	M
(72)発明者	小澤 了 東京都板橋区前野町2丁目36番9号 旭光 学工業株式会社内	F タ-ム(参考)	2H040 AA00 BA09 CA02 CA09 CA11 CA12 CA22 DA14 DA22 DA41 GA02 GA12 4C061 AA00 BB00 CC06 DD00 HH51 LL02 MM03 NN01 NN05 QQ04 QQ07 QQ09 RR03 RR04 RR15 RR18 RR26 SS09 SS11 TT12 TT13 WW08 WW17 5C054 CA03 CA04 CC03 CC04 CD03 EA01 ED03 HA12

专利名称(译)	电子内窥镜系统		
公开(公告)号	JP2002112950A	公开(公告)日	2002-04-16
申请号	JP2000310371	申请日	2000-10-11
[标]申请(专利权)人(译)	旭光学工业株式会社		
申请(专利权)人(译)	旭光学工业株式会社		
[标]发明人	榎本貴之 杉本秀夫 小澤了		
发明人	榎本 貴之 杉本 秀夫 小澤 了		
IPC分类号	G02B23/24 A61B1/00 A61B1/04 G02B23/26 H04N7/18		
FI分类号	A61B1/00.300.D A61B1/04.372 G02B23/24.A G02B23/24.B G02B23/26.B H04N7/18.M A61B1/00.511 A61B1/00.550 A61B1/00.630 A61B1/00.650 A61B1/05		
F-TERM分类号	2H040/AA00 2H040/BA09 2H040/CA02 2H040/CA09 2H040/CA11 2H040/CA12 2H040/CA22 2H040/DA14 2H040/DA22 2H040/DA41 2H040/GA02 2H040/GA12 4C061/AA00 4C061/BB00 4C061/CC06 4C061/DD00 4C061/HH51 4C061/LL02 4C061/MM03 4C061/NN01 4C061/NN05 4C061/QQ04 4C061/QQ07 4C061/QQ09 4C061/RR03 4C061/RR04 4C061/RR15 4C061/RR18 4C061/RR26 4C061/SS09 4C061/SS11 4C061/TT12 4C061/TT13 4C061/WW08 4C061/WW17 5C054/CA03 5C054/CA04 5C054/CC03 5C054/CC04 5C054/CD03 5C054/EA01 5C054/ED03 5C054/HA12 4C161/AA00 4C161/BB00 4C161/CC06 4C161/DD00 4C161/HH51 4C161/LL02 4C161/MM03 4C161/NN01 4C161/NN05 4C161/QQ04 4C161/QQ07 4C161/QQ09 4C161/RR03 4C161/RR04 4C161/RR15 4C161/RR18 4C161/RR26 4C161/SS09 4C161/SS11 4C161/TT12 4C161/TT13 4C161/WW08 4C161/WW17		
其他公开文献	JP4589514B2		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

甲即使当改变模型或电子内窥镜的观察对象，一个正常的图像信号和荧光图像信号迅速一次执行电子内窥镜系统的输出电平，提供的平衡调节。 解决方案：电子内窥镜系统1包括用于反射具有预定反射率的白光的白光反射部分69c和用于在被紫外光激发时发射具有预定荧光强度的光的荧光发射部分69d当板69被连接到旋转轴67B，在同步从电子内窥镜10的前端部10a向白色光和紫外光的定时被发射时，所插入的电子内窥镜到插入孔62 10具有刻度旋转装置60，其穿过远端部10a的前部和白光反射部分69C和荧光发射部分69D交替。图像信号处理电路52，从图像信号反射从白色光光和荧光反射部分69c中并且产生69D被接收时，设置其增益的荧光发射部分，在其放大系数并放大每个图像信号。

