

(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
特開2004-337379
(P2004-337379A)

(43) 公開日 平成16年12月2日(2004.12.2)

(51) Int.Cl. ⁷		F I		テーマコード (参考)	
A 6 1 B	1/04	A 6 1 B	1/04	3 7 2	2 H 0 4 0
G 0 2 B	23/24	G 0 2 B	23/24	B	4 C 0 6 1
H 0 4 N	5/225	H 0 4 N	5/225	D	5 C 0 2 2
H 0 4 N	5/335	H 0 4 N	5/335	V	5 C 0 2 4
H 0 4 N	7/18	H 0 4 N	7/18	M	5 C 0 5 4
審査請求 未請求 請求項の数 7 O L (全 16 頁)					
(21) 出願番号	特願2003-138100 (P2003-138100)				
(22) 出願日	平成15年5月16日 (2003. 5. 16)				
(71) 出願人	000000527 ペンタックス株式会社 東京都板橋区前野町2丁目36番9号				
(74) 代理人	100078880 弁理士 松岡 修平				
(72) 発明者	杉本 秀夫 東京都板橋区前野町2丁目36番9号 ペンタックス株式会社内				
(72) 発明者	榎本 貴之 東京都板橋区前野町2丁目36番9号 ペンタックス株式会社内				
Fターム(参考)	2H040 FA01 FA02 FA08 FA10 FA13 GA02 GA05 GA06 4C061 LL02 LL08 NN01 PP01 PP07 SS07				
最終頁に続く					

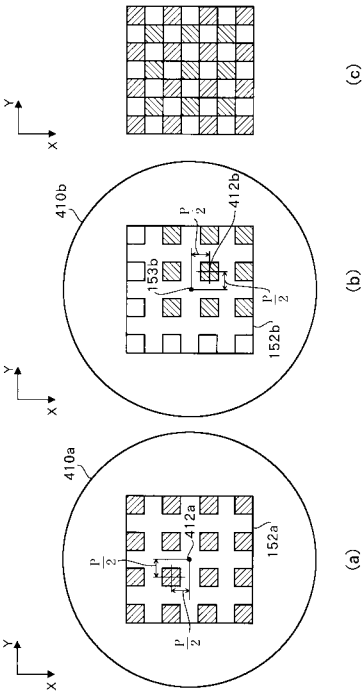
(54) 【発明の名称】 固体撮像素子、電子内視鏡、及び電子内視鏡装置

(57) 【要約】

【課題】円筒状の装置に組み込まれてもその径を太くさせたりダイナミックレンジを低下させたりすることなく、高画質の観察画像を得る。

【解決手段】所定方向に長く形成された単一の半導体基板上において所定方向のそれぞれ異なった領域に、共に所定のピッチで複数の受光素子がマトリクス状に配置されている第1の受光部と第2の受光部とを有したものであって、第1の受光部に含まれている複数の受光素子の各々と、第2の受光部に含まれている複数の受光素子の各々とを、互いに所定方向と直交する方向において前記ピッチの半分相当ずらして配置している。

【選択図】 図4



【特許請求の範囲】

【請求項 1】

所定方向に長く形成された単一の半導体基板上において前記所定方向のそれぞれ異なった領域に、共に所定のピッチで複数の受光素子がマトリクス状に配置されている第 1 の受光部と第 2 の受光部とを有した固体撮像素子であって、
前記第 1 の受光部に含まれている複数の前記受光素子の各々と、前記第 2 の受光部に含まれている複数の前記受光素子の各々とを、互いに前記所定方向と直交する方向において前記ピッチの半分相当ずらして配置したこと、を特徴とする固体撮像素子。

【請求項 2】

前記固体撮像素子が前記第 1 の受光部と前記第 2 の受光部に隣接して前記所定方向に一列に整列した電荷結合素子を更に有し、
前記電荷結合素子は、前記第 1 の受光部で蓄積された電荷の転送先である第 1 の転送部と、
前記第 2 の受光部で蓄積された電荷の転送先である第 2 の転送部と、をさらに備えること、
を特徴とする請求項 1 に記載の固体撮像素子。 10

【請求項 3】

被写体像を結像させる対物光学系と、
所定方向に長く形成された単一の半導体基板上において前記所定方向のそれぞれ異なった領域に、共に所定のピッチで複数の受光素子がマトリクス状に配置されている第 1 の受光部と第 2 の受光部とを有した固体撮像素子と、
前記第 1 の受光部及び前記第 2 の受光部において前記被写体像が結像するように、前記被写体像を、前記第 1 の受光部と前記第 2 の受光部とに向けて分離する光束分離手段と、を先端部内に備えた電子内視鏡であって、
前記光束分離手段は、前記第 1 の受光部と前記第 2 の受光部の各々に対して前記所定方向及び前記所定方向と直交する方向に相対的に前記ピッチの半分相当ずれた前記被写体像を導くこと、を特徴とする電子内視鏡。 20

【請求項 4】

被写体像を結像させる対物光学系と、
所定方向に長く形成された単一の半導体基板上において前記所定方向のそれぞれ異なった領域に、共に所定のピッチで複数の受光素子がマトリクス状に配置されている第 1 の受光部と第 2 の受光部とを有した固体撮像素子と、
前記第 1 の受光部及び前記第 2 の受光部において前記被写体像が結像するように、前記被写体像を、前記第 1 の受光部と前記第 2 の受光部とに向けて分離する光束分離手段と、を先端部内に備えた電子内視鏡であって、
前記第 1 の受光部と前記第 2 の受光部の各々が、前記所定方向及び前記所定方向と直交する方向に相対的に前記ピッチの半分相当ずれた前記被写体像を受光するよう前記固体撮像素子を配置したこと、を特徴とする電子内視鏡。 30

【請求項 5】

前記固体撮像素子を、前記半導体基板の長手方向と前記先端部の長手方向とが一致するように配置したこと、を特徴とする請求項 3 または請求項 4 のいずれかに記載の電子内視鏡。 40

【請求項 6】

前記固体撮像素子が前記第 1 の受光部と前記第 2 の受光部に隣接して前記所定方向に一列に整列した電荷結合素子を更に有し、
前記電荷結合素子は、前記第 1 の受光部で蓄積された電荷の転送先である第 1 の転送部と、
前記第 2 の受光部で蓄積された電荷の転送先である第 2 の転送部と、をさらに備えること、
を特徴とする請求項 3 から請求項 5 のいずれかに記載の電子内視鏡。

【請求項 7】

請求項 3 から請求項 6 のいずれかに記載の電子内視鏡と、

前記第1の受光部に含まれている複数の前記受光素子の各々で撮像された複数の画素の各々の間に、前記第2の受光部に含まれている複数の前記受光素子の各々で撮像された複数の画素の各々が位置するように、前記第1の受光部と前記第2の受光部から得られた画像信号を合成する信号処理部を有したプロセッサと、を備えたこと、を特徴とする電子内視鏡装置。

【発明の詳細な説明】

【0001】

【発明の属する技術分野】

この発明は、単一の半導体基板上に複数の受光素子がマトリクス状に配置されている固体撮像素子と、この固体撮像素子を先端部に備えている電子内視鏡、さらにこの電子内視鏡を備えている電子内視鏡装置に関する。 10

【0002】

【従来の技術】

従来、内視鏡の挿入部を細径化することにより、体腔内、特に細い管状器官内に内視鏡を挿入する際の患者の苦痛を軽減している。近年はその挿入部先端部にCCDなどの固体撮像素子を備えている電子内視鏡（電子スコープ）が広く普及しており、その挿入部内部に備えられている種々の部品を小型化することによって細径化を達成している。この内視鏡や電子内視鏡は細ければ細いほど、体腔内の至る所に挿入できるようになり、また、体腔内を自在に動かすことができるようになるため、さらなる細径化が要求されている。

【0003】

電子内視鏡では上述した理由により小型化に適したモノクロのCCDを搭載したものが多く見られる。しかしながら近年は生体組織の状態をより正確に観察するため、カラー画像を得るような装置が実用に供している。このカラー画像を得る装置は大きく分類すると2通りある。一つは、CCD上にマトリクス状に配置されている複数の受光素子各々の前面にRGBなどのカラーフィルタを備えたものによりカラー画像を得る、いわゆる同時方式を用いたものである。もう一つは、電子内視鏡に接続されている光源装置の回転カラーフィルタを介した各色の照明光で照明される生体組織をモノクロのCCDで撮像することによりカラー画像を得る、いわゆる面順次方式を用いたものである。 20

【0004】

しかしながら、近年電子内視鏡のさらなる細径化が要求されており、この先端部に備えられているCCDなどをさらに小型化させる必要がある。CCDを小型化させるためには各受光素子のサイズを小さく形成する必要がある。ところが、この各受光素子のサイズを小さく形成するにしたがって、受光素子1つ当たりに蓄積できる電荷量が少なくなってしまう。従って、撮影可能な明るさのダイナミックレンジが小さくなってしまう。 30

【0005】

電子内視鏡の観察対象となる体腔内の生体組織などは、暗部である体腔内を照明装置で照明されることにより観察されているため、その暗部と明部での輝度差がデジタルカメラやビデオなどの画像と比べて特に大きくなる傾向にある。従ってダイナミックレンジを低下させると、明部の輝度を適度に設定すると暗部の画像が黒く潰れてしまい、逆に暗部の輝度を適度に設定すると明部の画像が白くつぶという現象が頻発するようになってしまう。 40

【0006】

そこで従来は、隣り合う感度の異なった受光素子を一对として、それぞれの受光素子に蓄積された電荷を転送し、上記一对の受光素子の電荷を加算することにより、ダイナミックレンジを向上させていた（例えば、特許文献1参照）。また、隣接する所定数の画素毎に同色のカラーフィルタを搭載して、設定されたモードに応じてそれら所定数の同色の画素により得られた電荷を加算してダイナミックレンジ及び感度を向上させていた（例えば、特許文献2参照）。

【0007】

【特許文献1】

特開平9-252107号公報（第3～5頁、第1図）

【特許文献 2】

特開平 11-298800 号公報（第 3、4 頁、第 2 図）

【0008】

【発明が解決しようとする課題】

しかしながら上述の特許文献 1 及び特許文献 2 に記載されている固体撮像素子では、複数の画素に蓄積された電荷を加算して 1 画素相当の信号を出力しているため、出力される画像の解像度は低下してしまう。すなわち、ダイナミックレンジや感度を向上させて画像の潰れや白とびなどを改善することはできるが、解像度の低下により出力される画像は不鮮明なものになってしまう。従って、術者はモニタに表示されている生体組織などの画像からその生体組織の細部の状態を正確に把握し難くなってしまう。

10

【0009】

また、解像度を維持しつつダイナミックレンジを向上させるために 1 画素当たりのサイズを大きくして蓄積できる電荷量を増加させた場合は、画像の鮮明さを低下させることなくダイナミックレンジの向上により滑らかな画像を得ることができる。しかしながら、画素数を維持しつつ 1 画素当たりの受光素子のサイズを大きくするため、固体撮像素子のサイズの小型化に限界があり、その結果、電子内視鏡の細径化が思うように図れず、患者への負担を軽減することができない。

【0010】

そこで、本発明は上記の事情に鑑み、円筒状の装置に組み込まれてもその径を太くさせたりダイナミックレンジを低下させたりすることなく、高画質の観察画像を得ることができる固体撮像素子、及びこの固体撮像素子を備えた電子内視鏡、さらにはこの電子内視鏡を備えた電子内視鏡装置を提供することを目的とする。

20

【0011】

【課題を解決するための手段】

上記の課題を解決する本発明の一態様に係る固体撮像素子は、所定方向に長く形成された単一の半導体基板上において所定方向のそれぞれ異なった領域に、共に所定のピッチで複数の受光素子がマトリクス状に配置されている第 1 の受光部と第 2 の受光部とを有したものであって、第 1 の受光部に含まれている複数の受光素子の各々と、第 2 の受光部に含まれている複数の受光素子の各々とを、互いに所定方向と直交する方向において前記ピッチの半分相当ずらして配置している。

30

【0012】

また、上記固体撮像素子は、固体撮像素子が第 1 の受光部と第 2 の受光部に隣接して所定方向に一列に整列した電荷結合素子を更に有している。この電荷結合素子は、第 1 の受光部で蓄積された電荷の転送先である第 1 の転送部と、第 2 の受光部で蓄積された電荷の転送先である第 2 の転送部とをさらに備えている。

【0013】

また、上記の課題を解決する本発明の一態様に係る電子内視鏡は、被写体像を結像させる対物光学系と、所定方向に長く形成された単一の半導体基板上において所定方向のそれぞれ異なった領域に、共に所定のピッチで複数の受光素子がマトリクス状に配置されている第 1 の受光部と第 2 の受光部とを有した固体撮像素子と、第 1 の受光部及び第 2 の受光部において被写体像が結像するように、被写体像を、第 1 の受光部と第 2 の受光部とに向けて分離する光束分離手段とを先端部内に備えたものであって、光束分離手段は、第 1 の受光部と第 2 の受光部の各々に対して所定方向及び所定方向と直交する方向に相対的にピッチの半分相当ずれた被写体像を導く機能を有している。

40

【0014】

また、上記の課題を解決する本発明の別の態様に係る電子内視鏡は、被写体像を結像させる対物光学系と、所定方向に長く形成された単一の半導体基板上において所定方向のそれぞれ異なった領域に、共に所定のピッチで複数の受光素子がマトリクス状に配置されている第 1 の受光部と第 2 の受光部とを有した固体撮像素子と、第 1 の受光部及び第 2 の受光部において被写体像が結像するように、被写体像を、第 1 の受光部と第 2 の受光部とに向

50

けて分離する光束分離手段とを先端部内に備えたものであって、第1の受光部と第2の受光部の各々が、所定方向及び所定方向と直交する方向に相対的にピッチの半分相当ずれた被写体像を受光するよう固体撮像素子を配置している。

【0015】

また、上記電子内視鏡は、固体撮像素子を、半導体基板の長手方向と先端部の長手方向とが一致するように配置している。また、固体撮像素子が第1の受光部と第2の受光部に隣接して所定方向に一行に整列した電荷結合素子を更に有している。この電荷結合素子は、第1の受光部で蓄積された電荷の転送先である第1の転送部と、第2の受光部で蓄積された電荷の転送先である第2の転送部とをさらに備えている。

【0016】

また、上記の課題を解決する本発明の一態様に係る電子内視鏡装置は、請求項3から請求項6のいずれかに記載の電子内視鏡と、第1の受光部に含まれている複数の受光素子の各々で撮像された複数の画素の各々の間に、第2の受光部に含まれている複数の受光素子の各々で撮像された複数の画素の各々が位置するように、第1の受光部と第2の受光部から得られた画像信号を合成する信号処理部を有したプロセッサとを備えている。

【0017】

【発明の実施の形態】

図1は、本発明の実施形態の電子内視鏡100を備えている電子内視鏡装置500の構成を示したブロック図である。この電子内視鏡装置500は、患者の体腔内の画像情報を出し出す電子内視鏡（電子スコープ）100と、電子内視鏡100に出力された画像情報に所定の処理を施し映像信号に変換する画像処理装置に加えて観察像を得るための光束を電子内視鏡100に供給する光源装置を備えたプロセッサ200と、プロセッサ200から出力された映像信号に基づいて患者の体腔内を表示するモニタ300から構成されている。以下に、この図1を用いてこの電子内視鏡装置500の構成と作用を説明する。

【0018】

プロセッサ200は、本実施形態での観察対象である生体組織400を照明する照明光を射出する光源部（光源ランプ）210を備えている。本実施形態の電子内視鏡装置500では電子内視鏡100先端部の細径化を達成するために面順次方式の撮像システムを採用しているため、この光源部210が射出する照明光は白色光であり、また、その光路上にはRGB回転フィルタ220が配置されている。

【0019】

このRGB回転フィルタ220は、R（レッド）、G（グリーン）、B（ブルー）の三色のカラーフィルタ、及び遮光部を有している。これら三色のカラーフィルタは、各々対応した一色の光のみを透過するフィルタである。このRGB回転フィルタ220は、その回転方向に、順に、カラーフィルタ（R）、遮光部、カラーフィルタ（G）、遮光部、カラーフィルタ（B）、遮光部を有している。以下に、このRGB回転フィルタ220を用いた面順次方式によるカラー画像の生成のプロセスを説明する。

【0020】

まず、タイミングジェネレータ230は、図示しないモータドライバに駆動信号を送信する。このモータドライバはこの受信した駆動信号に基づいてモータ222を駆動させる。このモータ222の回転軸はRGB回転フィルタ220を回転自在に支持しているため、モータ222の駆動に伴い、RGB回転フィルタ220は回転する。RGB回転フィルタ220が回転することにより光源部210から射出された照明光は、R、G、Bの各色のフィルタを、それぞれの間に備えられた遮光部により間欠的に透過する。

【0021】

プロセッサ200はコネクタ280により電子内視鏡100と接続されている。RGB回転フィルタ220の各色のフィルタを透過した照明光の各々は、その光路上に配置されている集光レンズ224を介して電子内視鏡100が備えるライトガイド110に入射する。そしてこの照明光は、ライトガイド110により電子内視鏡100の先端部に導光される。このライトガイド110に導光された照明光は、電子内視鏡100の先端部の前面に

10

20

30

40

50

備えられた照明窓 120 を介して観察対象（撮像対象）である生体組織 400 を照明する。

【0022】

生体組織 400 を照明した照明光はこの生体組織 400 により反射し、観察光として対物光学系 130 に入射する。この対物光学系 130 を出射した観察光は、光路偏向部 140 により対物光学系 130 の光軸と直交する方向、言い換えると電子内視鏡 100 の長手方向（挿入方向）と直交する方向に折り曲げられる。

【0023】

本実施形態の電子内視鏡 100 では、観察光を受光して光電変換を行い画像信号を生成する機能を有する固体撮像素子 150 は、電子内視鏡 100 の長手方向に対しその受光面が平行となるよう配置されている。この固体撮像素子 150 は例えば CCD である。 10

【0024】

上述した光路偏向部 140 により折り曲げられた観察光は、この固体撮像素子 150 の受光面で結像して、この受光面が有しているマトリクス状に配置された複数の受光素子の各々に受光される。なお、生体組織 400 は上述したように RGB 回転フィルタ 220 の各色のフィルタを順に透過した間欠的な照明光により照明されているため、固体撮像素子 150 の受光面は、各色の観察光を間欠的に順次受光する。

【0025】

プロセッサ 200 が備えているドライバ 240 は、タイミングジェネレータ 230 から送信されてくる駆動制御信号により固体撮像素子 150 を駆動している。さらに詳しく説明すると、このドライバ 240 はタイミングジェネレータ 230 から送信されてくる駆動制御信号に基づいて、固体撮像素子 150 が R 光、G 光、B 光のいずれかの観察光を受光している期間はその観察光を各受光素子に蓄積するよう固体撮像素子 150 を駆動し、RGB 回転フィルタ 220 の遮光部により固体撮像素子 150 がいずれの観察光も受光しない期間は各受光素子に蓄積されている電荷を転送して画像信号として出力させるよう固体撮像素子 150 を駆動している。 20

【0026】

図 2 は、本発明の実施形態の電子内視鏡 100 の先端部の内部構造を模式的に示した側断面図である。この図 2 では電子内視鏡 100 の先端部の内部構造を図 1 より詳細に示したものである。以下に、この図 2 を用いて、この電子内視鏡 100 の先端部の構成と作用をより詳細に説明する。 30

【0027】

上述したように、対物光学系 130 を介して入射した生体組織 400 の観察光は、光路偏向部 140 により電子内視鏡 100 の長手方向と直交する方向に折り曲げられる。この光路偏向部 140 は、第 1 のプリズム 142 と第 2 のプリズム 144 とを貼り合わせることで形成されている。また、これらのプリズムは、電子内視鏡 100 の長手方向に、対物光学系 130 側から第 1 のプリズム 142、第 2 のプリズム 144 の順に並んで配置されている。

【0028】

第 1 のプリズム 142 は、生体組織 400 から得られた観察光の光路中に、光を分割する機能を有するビームスプリッタ 142a を有している。このビームスプリッタ 142a は、対物光学系 130 の光軸と一致する生体組織 400 の観察光の光路に対して 45 度傾いた状態で配置している。別の言い方をすると、このビームスプリッタ 142a は、電子内視鏡 100 の長手方向に対して 45 度傾いた状態で配置している。そのため、このビームスプリッタ 142a に入射した生体組織 400 の観察光は、その一部が 90 度折り曲げられて（反射されて）電子内視鏡 100 の長手方向と直交する方向、すなわち固体撮像素子 150 に向かって進行し、その一部が透過して第 2 のプリズム 144 内を電子内視鏡 100 の長手方向に沿って進行していく。 40

【0029】

第 2 のプリズム 144 は、ビームスプリッタ 142a を透過した観察光の光路中に、光を 50

全反射する機能を有する全反射ミラー１４４aを有している。この全反射ミラー１４４aは、対物光学系１３０の光軸と一致するビームスプリッタ１４２aを透過した観察光の光路に対して４５度傾いた状態で配置している。別の言い方をすると、この全反射ミラー１４４aは、電子内視鏡１００の長手方向に対して４５度傾いた状態で配置している。従って、ビームスプリッタ１４２aを透過した観察光は、この全反射ミラー１４４aにより９０度折り曲げられて、電子内視鏡１００の長手方向と直交する方向、すなわち固体撮像素子１５０に向かって進行する。

【００３０】

図３は、本発明の実施形態の電子内視鏡１００の先端部内に備えられている固体撮像素子１５０の構成を模式的に示した上面図である。この固体撮像素子１５０は、半導体基板上に、複数の受光素子がマトリクス状に配置されている受光部１５２を備えたものである。以下に、この図３を用いて、この固体撮像素子１５０の構成と作用を説明する。なお、この固体撮像素子１５０の基台である半導体基板の受光部１５２を備えている面すなわち受光面は、図３に示す矢印Ｙ方向の辺が、矢印Ｙ方向に直交する矢印Ｘ方向の辺より長い長方形の形状を有している。 10

【００３１】

固体撮像素子１５０は、受光部１５２と、水平転送部１５４と、アンプ１５６とを備えている。上述したようにこの電子内視鏡装置５００は面順次方式によりカラー画像を生成しているため、この固体撮像素子１５０はモノクロＣＣＤである。また、電子内視鏡１００の細径化を達成するため、この固体撮像素子１５０は蓄積部を備えないフルフレーム型ＣＣＤである。 20

【００３２】

受光部１５２は、受光部１５２aと受光部１５２bの２つのイメージエリア（撮像エリア）を有している。この受光部１５２aは、ビームスプリッタ１４２aで反射された観察光学像を撮像するためのイメージエリアであって、この観察光学像の結像面と一致するよう配置されている。また、受光部１５２bは、全反射ミラー１４４aで反射された観察光学像を撮像するためのイメージエリアであって、この観察光学像の結像面と一致するよう配置されている。すなわち、受光部１５２aと受光部１５２bは電子内視鏡１００の長手方向に沿って並んで配置されている。また、これら受光部１５２aと受光部１５２bには、矢印Ｙ方向と矢印Ｘ方向のそれぞれに同一数の受光素子が同一ピッチで配置されている。すなわち、受光部１５２aと受光部１５２bは、互いに、同一形状かつ同一受光素子数の受光部として形成されている。 30

【００３３】

また、上述したように、この固体撮像素子１５０はフルフレーム型ＣＣＤであるため、この受光部１５２は複数の受光素子各々に蓄積された電荷を、図３の矢印Ｘ方向に転送する垂直転送部の機能を兼ね備えている。なお、固体撮像素子１５０は微少サイズのチップであるため、受光部１５２aと受光部１５２bとは光学的に略等価に配置されている。従って、これら２つの受光部には実質的に同一形状の被写体像が結像する。

【００３４】

図４は、受光部１５２と生体組織４００のイメージサークルとの関係を模式的に示した図である。図４（a）は、受光部１５２aとイメージサークル４１０aとの関係を示した模式図である。また、図４（b）は、受光部１５２bとイメージサークル４１０bとの関係を示した模式図である。図４（c）は、受光部１５２aと受光部１５２bの画像信号に後述する画像合成処理を施すことにより生成された観察画像を模式的に示した図である。以下に、図２及び図３に加えてこの図４を用いて、固体撮像素子１５０の構成と作用を説明する。 40

【００３５】

図４（a）は、受光部１５２aに入射してくる生体組織４００の像、すなわち対物レンズ１３０が受光部１５２a上で結ぶ生体組織４００のイメージサークル４１０aと、受光部１５２aとの位置関係を示したものである。この図４（a）において斜線で示された複数 50

の四角部分の各々は、受光部 152a に含まれている受光素子 1 つ 1 つを示している。また、図 4 (b) は、受光部 152b に入射してくる生体組織 400 の像、すなわち対物レンズ 130 が受光部 152b 上で結ぶ生体組織 400 のイメージサークル 410b と受光部 152b との位置関係を示したものである。この図 4 (b) において図 4 (a) と異なった斜線で示された複数の四角部分の各々、及び白で示された複数の四角部分の各々は、受光部 152b が有している受光素子 1 つ 1 つを示している。なお、これらの受光部 152a、152b に含まれている受光素子の各々は、互いに同一のピッチ p で配置されている。また、イメージサークル 410a とイメージサークル 410b とにより形成される観察光学像は、実質的に同一の観察像である。また、この図 4 では説明を簡略化するためにそれぞれの受光部に含まれている受光素子を 16 個ずつとして示しているが、これらの受光部 152a、152b は、実際にはこの図 4 で示した数より多くの受光素子を有している。

10

20

30

40

50

【0036】

図 4 (a) に示すように、受光部 152a は、複数の受光素子の各々の間に、受光機能を有していない領域からなる非受光部分を有している。受光部 152a の中心は、この非受光部分に該当する位置、すなわち受光素子と受光素子との間にあって、この受光部 152a の中心の最も近くに配置されている 4 つの受光素子それぞれの中心から X 方向及び Y 方向に関して $p/2$ ずれたところ、すなわち中間に位置している。対物レンズ 130 を介しビームスプリッタ 142a により反射されて受光部 152a に向けて進行してくる生体組織 400 のイメージサークル 410a は、その中心 412a が受光部 152a の中心と一致する形態で受光部 152a 上で形成されるように、対物レンズ 130、ビームスプリッタ 142a 及び受光部 152a の相互の位置関係が定められている。

【0037】

また、図 4 (b) に示すように、受光部 152b は、複数の受光素子の各々の間に、受光機能を有していない領域からなる非受光部分を有している。受光部 152a と同様に、受光部 152b の中心 153b も、この非受光部分に該当する位置、すなわち受光素子と受光素子との間にあって、この中心 153b の最も近くに配置されている 4 つの受光素子それぞれの中心から X 方向及び Y 方向に関して $p/2$ ずれたところ、すなわち中間に位置している。対物レンズ 130 を介し全反射ミラー 144a に折り曲げられて進行してくる生体組織 400 のイメージサークル 410b は、その中心 412b が受光部 152b の中心 153b の最も近くに配置されているいずれかの受光素子の中心と一致する形態で受光部 152b 上で形成されるように、対物レンズ 130、全反射ミラー 144a 及び受光部 152b の相互の位置関係が定められている。

【0038】

以上のように、それぞれのイメージサークルは、それぞれの受光部に対して相対的に異なった位置で形成されている。説明を加えると、それぞれのイメージサークルは、それぞれの受光部に対して X 方向及び Y 方向に相対的に $p/2$ ずれた位置で形成されている。従って、これらの受光部 152a、152b は、互いの非受光部分に該当した部分の観察画像を得ることができる。そのため、受光部 152a と受光部 152b により得られた観察画像に後述する画像処理を施して、それぞれのイメージサークルの中心である中心 412a と中心 412b とが一致するようにそれぞれの観察画像を重ね合わせると、図 4 (c) に示すように、受光部 152a に含まれている複数の受光素子の各々で撮像された複数の画素の各々の間に、受光部 152b に含まれている複数の受光素子の各々で撮像された複数の画素の各々が位置するように、互いの非受光部分に該当する部分の観察像を埋め合わせた、多くの画素数からなる観察画像、すなわち高画素の観察画像を得ることができる。

【0039】

上述したようにそれぞれの受光部に対して X 方向及び Y 方向に相対的に $p/2$ ずれた位置でそれぞれのイメージサークルを形成させるように、受光部 152 及び光路偏向部 140 は配置されている。説明を加えると、受光部 152a と受光部 152b は、X 方向に関して互いの受光素子の各々が $p/2$ 相当ずれるように配置されている。また、ビームスプリ

ッタ142aと全反射ミラー144aは、Y方向に関して、イメージサークルがそれぞれの受光部に対して相対的に $p/2$ ずれて形成されるように配置されている。また、Y方向に関して別の言い方をすると、受光部152aと受光部152bは、イメージサークルがそれぞれの受光部に対して相対的に $p/2$ ずれて形成されるように配置されている。

【0040】

また、別の実施形態では、それぞれの受光部に対してX方向及びY方向に相対的に $p/2$ ずれた位置でそれぞれのイメージサークルを形成させるように、光路偏向部140を配置することもできる。説明を加えると、ビームスプリッタ142aと全反射ミラー144aは、X方向及びY方向に関して、イメージサークルがそれぞれの受光部に対して相対的に $p/2$ ずれて形成されるように配置されている。すなわち、ビームスプリッタ142a、
全反射ミラー144aのいずれかは、入射した観察光を電子内視鏡100の長手方向と直交する方向に90度折り曲げると共に、受光部152に観察光が入射した際に対物レンズ130の光軸からX方向に $p/2$ ずれた位置を中心にイメージサークルが形成されるような角度をもって配置されている。

【0041】

水平転送部154は、受光部152が備えている複数の受光素子の各々に蓄積された電荷が転送されてくる部位であって、半導体基板の長手方向に一行に整列した電荷結合素子から構成されている。この水平転送部154は、受光部152aが有している受光素子に蓄積された電荷が転送されてくる水平転送部154aと、受光部152bが有している受光素子に蓄積された電荷が転送されてくる水平転送部154bを含んでいる。

【0042】

水平転送部154を構成している電荷結合素子の各々は、矢印Y方向に関して、受光部152の受光素子と同ピッチで配置されている。水平転送部154に含まれている水平転送部154aは、受光部152aの受光素子各々と矢印Y方向に一致して配置している電荷結合素子から構成されている。また、水平転送部154に含まれている水平転送部154bは、受光部152bの受光素子各々と矢印Y方向に一致して配置している電荷結合素子から構成されている。なお、この水平転送部154を構成している電荷結合素子の各々は、受光部152の受光素子各々に蓄積された電荷が受光素子複数個相当蓄積されても飽和しないようその許容量を多くするため、矢印X方向に関して受光部152の受光素子より大きく形成されている。

【0043】

水平転送部154aには、受光部152aが有している受光素子の各々に蓄積された電荷が、矢印X方向に直交する矢印Y方向の受光素子1ライン毎に順次転送されてくる。また、水平転送部154bには、受光部152bが有している受光素子の各々に蓄積された電荷が、矢印X方向に直交する矢印Y方向の受光素子1ライン毎に順次転送されてくる。そしてこの水平転送部154は、受光部152aと受光部152bから転送されたそれぞれ1ラインずつの電荷をアンプ156に出力する。アンプ156は、この入力された電荷を増幅してプロセッサ200が備えている初段映像信号処理部250に出力する。

【0044】

固体撮像素子150から出力された画像信号は、プロセッサ200に送信されて、後述する画像処理を施される。このプロセッサ200に画像処理を施された信号は、外部機器に表示可能な種々のビデオ信号としてモニタ300に出力され、このモニタ300上でカラーの観察画像として表示される。以下に、プロセッサ200で行われる画像処理のプロセスを説明する。

【0045】

固体撮像素子150によって得られた体腔内の生体組織400の画像信号は、プロセッサ200に備えられている初段映像信号処理部250に送信される。この初段映像信号処理部250は、送信された画像信号を増幅し、サンプリング、ホールド等の処理を行う。そして、この画像信号をデジタル信号に変換する。変換されたデジタル信号は、さらに、初段映像信号処理部250が有している図示しないマルチプレクサによって固体撮像素子1

10

20

30

40

50

50の駆動と同期して切り替えられ、R、G、Bの各色の画像信号に分離されて、RGBメモリ260a、RGBメモリ260bが有している各メモリに出力される。

【0046】

電子内視鏡100は静止画ボタン160を備えている。この静止画ボタン160はモニタ300上における観察画像の表示方法を切り替えるための操作ボタンであって、この静止画ボタン160がオンのときはモニタ300上に観察対象の静止画を表示させることができ、この静止画ボタン160がオフのときはモニタ300上に観察対象の動画を表示させることができる。

【0047】

上述した静止画ボタン160がオンした状態のとき、プロセッサ200に備えられているシステムコントロール232、タイミングジェネレータ230を介して初段映像信号処理部250に静止画ボタン160がオンしていることを表す信号が入力する。このとき初段映像信号処理部250は、RGBメモリ260a及びRGBメモリ260bの各メモリにR、G、Bの各色の画像信号を出力する。また、この静止画ボタン160がオフした状態のときは初段映像信号処理部250に上記信号が入力しない。このとき初段映像信号処理部250は、RGBメモリ260aの各メモリにR、G、Bの各色の画像信号を出力する。

【0048】

RGBメモリ260a及びRGBメモリ260bはR、G、Bの各色に対応した3つのフレームメモリである図示しないRメモリ、Gメモリ、Bメモリを備えており、初段映像信号処理部250に分離された各色の画像信号は、それぞれ対応するフレームメモリに格納される。このRGBメモリ260aには受光部152aにより得られた画像信号が入力し、このRGBメモリ260bには受光部152bにより得られた画像信号が入力する。

【0049】

静止画ボタン160がオンした状態のとき、タイミングジェネレータ230は、RGBメモリ260a及びRGBメモリ260bの各フレームメモリに格納されている画像信号を同時に読み出すためのタイミング信号を送信する。このタイミング信号は、例えば、1秒当たり30フレームから構成される動画がモニタ上において表示できるタイミングで送信される。すなわち、このタイミングジェネレータ230は、RGBメモリ260a及びRGBメモリ260bの各フレームメモリに格納されている画像信号を1秒当たり30フレーム、同時に読み出すタイミング信号を送信する。このタイミング信号に基づき、RGBメモリ260a及びRGBメモリ260bに格納されている各色の画像信号は同時に読み出されて、画像合成処理部290に出力される。

【0050】

画像合成処理部290は、受光部152a及び受光部152bで得られた画像情報を、図4(c)に示すように、受光部152aに含まれている複数の受光素子の各々で撮像された複数の画素の各々の間に、第2の受光部に含まれている複数の受光素子の各々で撮像された複数の画素の各々が位置するように、両画像情報を重ね合わせて合成し、1枚の静止画を生成する画像合成を行う信号処理部である。すなわちこの画像合成処理部290は、RGBメモリ260a及びRGBメモリ260bの各々から同時に読み出された各色の画像信号を上述したように合成し、高画素の静止画を生成するものである。さらに、この画像合成処理部290は、合成後の画像信号をRGBビデオ信号に変換してモニタ300に出力する。これらのビデオ信号がモニタ300に出力されると、モニタ300上に生体組織400の観察画像がカラーの静止画像で表示される。また、この画像合成処理部290は、合成後の画像信号を他の記録メディアに記録できるように出力することもできる。

【0051】

静止画ボタン160がオフした状態のとき、タイミングジェネレータ230は、RGBメモリ260aの各フレームメモリに格納されている画像信号を同時に読み出すためのタイミング信号を送信する。このタイミング信号に基づき、RGBメモリ260aに格納されている各色の画像信号は同時に読み出されて、後段信号処理部270に出力される。

【0052】

後段信号処理部270は、この信号をアナログ信号に変換させ、さらにこのアナログ信号をモニタ300に表示させるためのコンポジットビデオ信号や、Y/C信号、RGBビデオ信号に変換する。そして、これらのビデオ信号がモニタ300に出力されると、モニタ300上に生体組織400の観察画像がカラーの動画で表示される。

【0053】

図5は、静止画ボタン160オン時の固体撮像素子150の撮像及び転送の周期と、固体撮像素子150に入射してくる観察光の周期とを示したタイミングチャートである。図5(a)は、固体撮像素子150の撮像及び転送を行うためのタイミングチャートであって、電荷を蓄積する蓄積期間と、蓄積した各色に対応した電荷を転送する転送期間とを交互に繰り返したものとなっている。また、図5(b)は、固体撮像素子150に入射してくる観察光の周期を示したタイミングチャートであって、各色の観察光が入射してくる期間と、観察光が遮光されている期間とを交互に繰り返したものとなっている。

【0054】

図5に示すように、Rの照明光で照明された生体組織400のR光の観察光が受光部152に入射している期間、固体撮像素子150は、受光部152a及び受光部152bの受光素子の各々に、このR光の観察光による電荷を蓄積している。これら受光部152a及び受光部152bに一定期間R光の観察光が入射するとRGB回転フィルタ220の遮光部により照明光が一定期間遮光され、受光部152a及び受光部152bに入射していた観察光も一定期間途絶える。これら受光部152a及び受光部152bに観察光が入射しない期間、固体撮像素子150は、受光部152a及び受光部152bの受光素子の各々に蓄積されたR光の観察光による電荷の各々を、水平転送部154a及び水平転送部154bにそれぞれ転送する。水平転送部154に転送されたこれらの電荷は、R光の画像情報としてアンプ156から出力され、初段映像信号処理部250に送信される。

【0055】

固体撮像素子150は同じ要領でG光の観察光による電荷を蓄積し、蓄積したG光の観察光による電荷を水平転送部154に転送する。水平転送部154に転送されたこの電荷は、G光の画像情報としてアンプ156から出力され、初段映像信号処理部250に送信される。さらに、固体撮像素子150は同じ要領でB光の観察光による電荷を蓄積し、蓄積したB光の観察光による電荷を水平転送部154に転送する。水平転送部154に転送されたこの電荷は、B光の画像情報としてアンプ156から出力され、初段映像信号処理部250に送信される。

【0056】

このように、アンプ156から出力されたR光、G光、B光それぞれの画像情報を上述したようにプロセッサ200で処理することにより1枚のカラーの静止画像が形成される。

【0057】

図5(c)、(d)、及び(e)は、図5(a)の期間Tbにおける受光素子に蓄積された電荷の転送動作を詳細に示したタイミングチャートである。この期間Tbは、上述した、G光の観察光により蓄積した電荷を水平転送部154に転送してG光の画像情報としてアンプ156から出力する期間を示している。図5(c)は、受光部152aの受光素子各々に蓄積された電荷を、矢印Y方向1ラインの受光素子毎に水平転送部154aに順次転送させるV1信号のパルスを示したタイミングチャートである。また、図5(d)は、受光部152bの受光素子各々に蓄積された電荷を、矢印Y方向1ラインの受光素子毎に水平転送部154bに順次転送させるV2信号のパルスを示したタイミングチャートである。また、図5(e)は、水平転送部154に転送された電荷を、水平転送部154の水平方向、すなわち矢印Y方向に転送するH信号のパルスを示したタイミングチャートである。

【0058】

期間Tbは静止画ボタン160オン時であるため、受光部152a及び受光部152bに蓄積された電荷を転送する期間である。従って、受光部152aにV1信号が入力され、

受光部 1 5 2 b に V 2 信号が入力される。V 1 信号が受光部 1 5 2 a に入力すると、受光部 1 5 2 a の受光素子各々に蓄積されている全ての電荷は、矢印 X 方向に一段シフトする。また、V 2 信号が受光部 1 5 2 b に入力すると、受光部 1 5 2 b の受光素子各々に蓄積されている全ての電荷は、矢印 X 方向に一段シフトする。その結果、水平転送部 1 5 4 a 及び水平転送部 1 5 4 b の最も近くに配置しているそれぞれの受光部の 1 ラインの受光素子に蓄積されている電荷の各々は、矢印 X 方向にシフトして水平転送部 1 5 4 a 及び水平転送部 1 5 4 b の矢印 Y 方向に一致する電荷結合素子の各々に転送される。

【0059】

V 1 信号及び V 2 信号により受光部 1 5 2 a 及び受光部 1 5 2 b から水平転送部 1 5 4 a 及び水平転送部 1 5 4 b に電荷が転送されると、次に、H 信号が水平転送部 1 5 4 に入力し、水平転送部 1 5 4 a 及び水平転送部 1 5 4 b に転送された上記電荷を矢印 Y 方向に転送する。すなわち、水平転送部 1 5 4 に転送された上記電荷は、アンプ 1 5 6 に掃き出されて増幅されて、初段映像信号処理部 2 5 0 に送信される。

【0060】

上述した期間 T b における一連の動作は、受光部 1 5 2 a 及び受光部 1 5 2 b に蓄積されている全ラインの電荷を初段映像信号処理部 2 5 0 に送信するまで繰り返される。全ラインの電荷がアンプ 1 5 6 から出力されると期間 T b の転送動作は終了し、次に、B 光の観察光の蓄積動作が開始される。

【0061】

図 6 は、静止画ボタン 1 6 0 オフ時の固体撮像素子 1 5 0 の撮像及び転送の周期と、固体撮像素子 1 5 0 に入射してくる観察光の周期とを示したタイミングチャートである。図 6 (a) は図 5 (a) と同様のタイミングチャートであり、図 6 (b) は図 5 (b) と同様のタイミングチャートである。

【0062】

図 6 に示すように、R の照明光で照明された生体組織 4 0 0 の R 光の観察光が受光部 1 5 2 に入射している期間、固体撮像素子 1 5 0 は、受光部 1 5 2 a の受光素子の各々に、この R 光の観察光による電荷を蓄積している。この受光部 1 5 2 a に一定期間 R 光の観察光が入射すると R G B 回転フィルタ 2 2 0 の遮光部により照明光が一定期間遮光され、受光部 1 5 2 a に入射していた観察光も一定期間途絶える。この受光部 1 5 2 a に観察光が入射しない期間、固体撮像素子 1 5 0 は、受光部 1 5 2 a の受光素子の各々に蓄積された R 光の観察光による電荷の各々を、水平転送部 1 5 4 a に転送する。水平転送部 1 5 4 に転送されたこの電荷は、R 光の画像情報としてアンプ 1 5 6 から出力され、初段映像信号処理部 2 5 0 に送信される。

【0063】

固体撮像素子 1 5 0 は同じ要領で G 光の観察光による電荷を蓄積し、蓄積した G 光の観察光による電荷を水平転送部 1 5 4 a に転送する。水平転送部 1 5 4 a に転送されたこの電荷は、G 光の画像情報としてアンプ 1 5 6 から出力され、初段映像信号処理部 2 5 0 に送信される。さらに、固体撮像素子 1 5 0 は同じ要領で B 光の観察光による電荷を蓄積し、蓄積した B 光の観察光による電荷を水平転送部 1 5 4 a に転送する。水平転送部 1 5 4 a に転送されたこの電荷は、B 光の画像情報としてアンプ 1 5 6 から出力され、初段映像信号処理部 2 5 0 に送信される。

【0064】

このように、アンプ 1 5 6 から出力された R 光、G 光、B 光それぞれの画像情報をプロセッサ 2 0 0 で処理することにより 1 画面のカラー画像が形成される。また、この作業を繰り返すことによりモニタ 3 0 0 上に生体組織 4 0 0 の画像が動画として表示される。

【0065】

図 6 (c)、(d)、及び (e) は、図 6 (a) の期間 T a における受光素子に蓄積された電荷の転送動作を詳細に示したタイミングチャートである。この期間 T a は、上述した、G 光の観察光により蓄積した電荷を水平転送部 1 5 4 に転送して G 光の画像情報としてアンプ 1 5 6 から出力する期間を示している。図 6 (c) は図 5 (c) と同様のタイミン

グチャートであり、図 6 (d) は図 5 (d) と同様のタイミングチャートであり、図 6 (e) は図 5 (e) と同様のタイミングチャートである。

【0066】

期間 T a は静止画ボタン 160 オフ時であるため、受光部 152 a に蓄積された電荷のみを転送する期間である。従って、受光部 152 b に V 2 信号は入力されず、受光部 152 a にのみ転送動作のための信号である V 1 信号が入力される。V 1 信号が受光部 152 a に入力すると、受光部 152 a の受光素子各々に蓄積されている全ての電荷は、矢印 X 方向に一段シフトする。その結果、水平転送部 154 a の最も近くに配置している 1 ラインの受光素子に蓄積されている電荷の各々は、矢印 X 方向にシフトして水平転送部 154 a の矢印 Y 方向に一致する電荷結合素子の各々に転送される。

10

【0067】

V 1 信号により受光部 152 a から水平転送部 154 a に電荷が転送されると、次に、H 信号が水平転送部 154 に入力し、水平転送部 154 a に転送された上記電荷を矢印 Y 方向に転送する。すなわち、水平転送部 154 a に転送された上記電荷は、アンプ 156 に掃き出されて増幅し初段映像信号処理部 250 に送信される。

【0068】

上述した期間 T a における一連の動作は、受光部 152 a に蓄積されている全ラインの電荷を初段映像信号処理部 250 に送信するまで繰り返される。全ラインの電荷がアンプ 156 から出力されると期間 T a の転送動作は終了し、次に、B 光の観察光の蓄積動作が開始される。

20

【0069】

なお、上述したように、本実施形態の固体撮像素子 150 は、2 つのイメージエリアである受光部 152 a と受光部 152 b とが電子内視鏡 100 の先端部の長手方向に沿って並んで配置されている。また、本実施形態の固体撮像素子 150 では、受光部 152 a と受光部 152 b の電荷の転送路が 1 ラインの電荷結合素子である水平転送部 154 で形成されている。さらに、この水平転送部 154 は、電子内視鏡 100 の先端部の長手方向に沿って配列されている。従って、本実施形態の固体撮像素子 150 を備えることにより、電子内視鏡の径を太くすることなく 2 つの受光部を備えることができ、その結果、高画質の観察画像を得ることができる。

【0070】

以上が本発明の実施形態である。本発明はこれらの実施形態に限定されるものではなく様々な範囲で変形が可能である。

30

【0071】

なお、本実施形態において、静止画のときのみ 2 つの受光部から得られる画像信号を合成しているが、動画を得る際もこの画像信号の合成を行ってもよい。

【0072】

【発明の効果】

以上のように本発明の固体撮像素子は、所定方向に長く形成された単一の半導体基板上において所定方向のそれぞれ異なった領域に第 1 の受光部と第 2 の受光部とを有し、互いの受光素子の各々を、所定方向と直交する方向において前記ピッチの半分相当ずらして配置している。従ってこの固体撮像素子は、円筒状の装置、例えば電子内視鏡に組み込まれてもその径を太くさせたりダイナミックレンジを低下させたりすることなく、それぞれの受光部に対して、互いの非受光部分に該当した部分の観察画像を生成させることができる。このような観察画像は、画像処理部を含んだ装置、例えば電子内視鏡装置によって、第 1 の受光部の複数の受光素子の各々で撮像された複数の画素の各々の間に、第 2 の受光部の複数の受光素子の各々で撮像された複数の画素の各々が位置するように合成されることにより、高画質の観察画像として生成され得る。

40

【図面の簡単な説明】

【図 1】本発明の実施形態の電子内視鏡を備えている電子内視鏡装置の構成を示したブロック図である。

50

【図 2】 本発明の実施形態の電子内視鏡の先端部の内部構造を模式的に示した側断面図である。

【図 3】 本発明の実施形態の電子内視鏡の先端部内に備えられている固体撮像素子の構成を模式的に示した上面図である。

【図 4】 受光部とイメージサークルとの関係を模式的に示した図である。

【図 5】 静止画ボタンオン時の固体撮像素子の撮像及び転送の周期と、固体撮像素子に入射してくる観察光の周期とを示したタイミングチャートである。

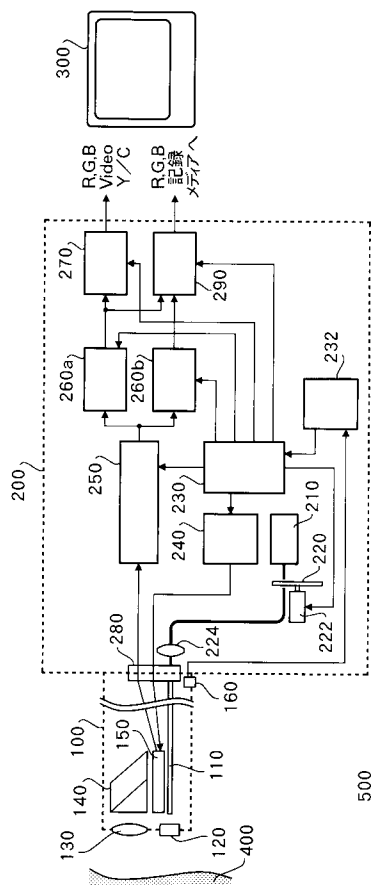
【図 6】 静止画ボタンオフ時の固体撮像素子の撮像及び転送の周期と、固体撮像素子に入射してくる観察光の周期とを示したタイミングチャートである。

【符号の説明】

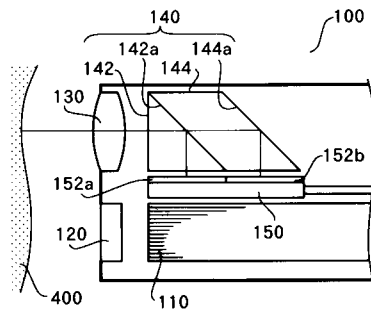
- 1 0 0 電子内視鏡
- 1 4 0 光路偏向部
- 1 5 0 固体撮像素子
- 1 5 2 a、1 5 2 b 受光部
- 1 5 4 a、1 5 4 b 水平転送部
- 5 0 0 電子内視鏡装置

10

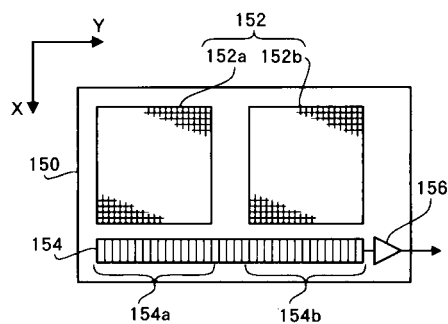
【図 1】



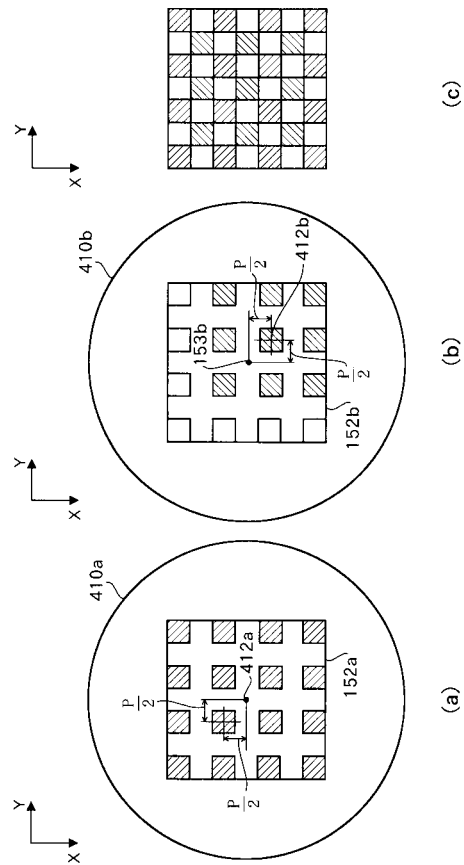
【図 2】



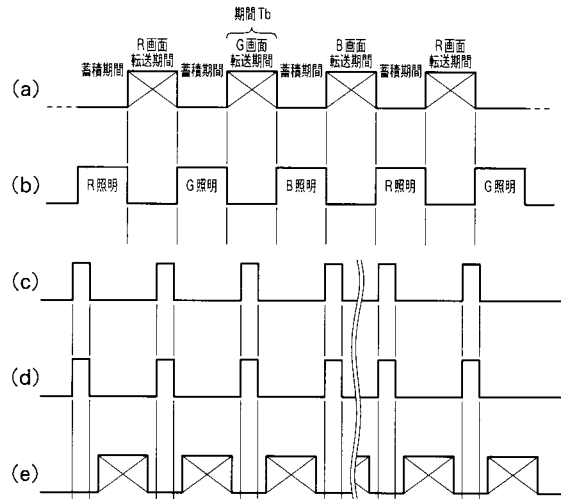
【図 3】



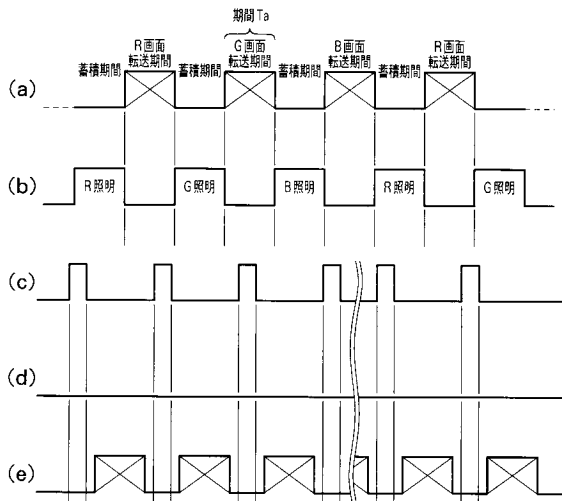
【図 4】



【図 5】



【図 6】



フロントページの続き

Fターム(参考) 5C022 AA09 AB43 AC42 AC51
5C024 BX02 CY31 DX01 EX47
5C054 CA04 CC07 HA12

专利名称(译)	固态成像装置，电子内窥镜和电子内窥镜装置		
公开(公告)号	JP2004337379A	公开(公告)日	2004-12-02
申请号	JP2003138100	申请日	2003-05-16
[标]申请(专利权)人(译)	旭光学工业株式会社		
申请(专利权)人(译)	宾得株式会社		
[标]发明人	杉本秀夫 榎本貴之		
发明人	杉本 秀夫 榎本 貴之		
IPC分类号	G02B23/24 A61B1/04 H04N5/225 H04N5/335 H04N5/349 H04N7/18		
FI分类号	A61B1/04.372 G02B23/24.B H04N5/225.D H04N5/335.V H04N7/18.M A61B1/00.731 A61B1/04.530 A61B1/045.610 A61B1/05 H04N5/225 H04N5/225.300 H04N5/225.400 H04N5/225.500 H04N5/335.490 H04N5/349		
F-TERM分类号	2H040/FA01 2H040/FA02 2H040/FA08 2H040/FA10 2H040/FA13 2H040/GA02 2H040/GA05 2H040/GA06 4C061/LL02 4C061/LL08 4C061/NN01 4C061/PP01 4C061/PP07 4C061/SS07 5C022/AA09 5C022/AB43 5C022/AC42 5C022/AC51 5C024/BX02 5C024/CY31 5C024/DX01 5C024/EX47 5C054/CA04 5C054/CC07 5C054/HA12 4C161/LL02 4C161/LL08 4C161/NN01 4C161/PP01 4C161/PP07 4C161/SS07 5C122/DA26 5C122/EA38 5C122/EA54 5C122/FB15 5C122/FB17 5C122/FC04 5C122/FC06 5C122/FC09 5C122/HB02		
其他公开文献	JP4459549B2		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

解决的问题：即使在圆柱形设备中，也无需增加直径或减小动态范围即可获得高质量的观察图像。在以预定方向在长方向上形成的单个半导体衬底上，多个光接收元件在预定方向上以预定间距以不同间距排列成矩阵的第一光接收单元。具有第二受光部，包括在第一受光部中的多个受光元件中的每个，以及包括在第二受光部中的多个受光元件中的每个。布置成在与预定方向正交的方向上彼此偏移半个节距。[选择图]图4

