

(11)特許出願公開番号

特開2001 - 29313

(P2001 - 29313A)

(43)公開日 平成13年2月6日(2001.2.6)

(51) Int.Cl ⁷	識別記号	庁内整理番号
A 6 1 B 1/04	372	
G 0 2 B 23/24		
H 0 4 N 5/225		
5/232		

F I						技術表示箇所
A	6	1	B	1/04	372	
G	0	2	B	23/24		B
H	0	4	N	5/225		C
				5/232		Z

審査請求 未請求 請求項の数 30 L (全 32数)

(21)出願番号 特願2000 - 143541 (P2000 - 143541)

(22)出願日 平成12年5月16日(2000.5.16)

(31)優先権主張番号 特願平11 - 137730

(32)優先日 平成11年5月18日(1999.5.18)

(33)優先権主張国 日本(JP)

(71)出願人 000000376

オリンパス光学工業株式会社

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号

(72)発明者 道口 信行

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリン
パス光学工業株式会社内

(72)発明者 小松 康雄

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オリン
パス光学工業株式会社内

(74)代理人 100076233

弁理士 伊藤 進

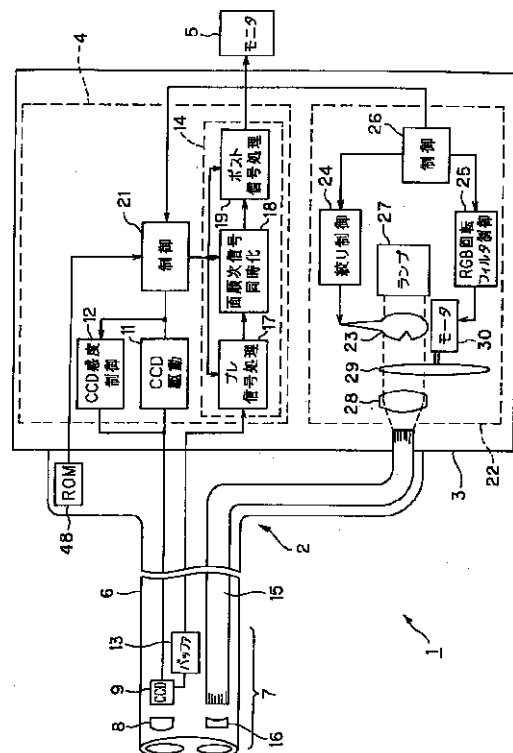
[最終頁に続く](#)

(54)【発明の名称】 内視鏡装置

(57) 【要約】

【課題】 固体撮像素子を内蔵した内視鏡の種類によらず適正な明るさの観察画像が得られる内視鏡装置を提供する。

【解決手段】 挿入部 6 の先端に CCD 9 を配置した内視鏡 2 はプロセッサ 3 に着脱自在で接続することにより、ROM 4 8 に予め記憶した情報がプロセッサ 3 内の制御手段 2 1 に伝達され、制御手段 2 1 は接続された内視鏡 2 に応じて CCD 9 の感度を CCD 感度感度制御手段 1 2 により制御し、内視鏡 2 の種類によらず適正な明るさの観察画像が得られるようにする。



【特許請求の範囲】

【請求項 1】 感度が可変である固体撮像素子を有する内視鏡と、
固体撮像素子からの出力信号を信号処理する信号処理装置と、
被写体への照明光を照射する光源装置を有する内視鏡装置において、
前記固体撮像素子の感度を制御する感度制御手段を有することを特徴とする内視鏡装置。

【請求項 2】 前記感度制御手段は信号処理装置内に設けられ、前記内視鏡の種類あるいは固体撮像素子毎の特性に応じて前記固体撮像素子の感度が設定されていることを特徴とする請求項 1 記載の内視鏡装置。

【請求項 3】 前記固体撮像素子の感度を指定する指定手段からの信号に応じて、前記感度制御手段は前記固体撮像素子の感度を制御することを特徴とする請求項 1 記載の内視鏡装置。

【発明の詳細な説明】**【0001】**

【発明の属する技術分野】本発明は感度を制御できる固体撮像素子を用いて撮像する内視鏡装置に関する。

【0002】

【従来の技術】固体撮像素子を有する内視鏡で内視鏡検査を行う内視鏡装置は電子内視鏡等の内視鏡とプロセッサ、光源装置、モニタで構成されており、内視鏡の挿入部を体腔内に挿入して、内視鏡に内蔵されたライトガイドを經由して被写体に照射された光源装置からの照明光を、内視鏡先端に配された固体撮像素子で光電変換して得られる映像信号をプロセッサで信号処理し、この信号をモニタに表示する装置である。

【0003】例えば、特開平 1-221135 号に示されるような、可視領域の照明光を用いた通常観察を行なう面順次式の内視鏡装置が知られている。また、特開平 9-70384 のように生体組織に対して励起光を照射し、これにより生体から発せられる蛍光を観察することにより、早期癌などを発見するための蛍光診断用内視鏡装置なども多く利用されている。

【0004】この蛍光診断用内視鏡装置に用いられる撮像素子は、微弱な蛍光を観察するために高い感度が要求され、主に撮像管が用いられている。また、特開平 5-252450 号には、固体撮像素子のオーバフロードレイン電圧を固体撮像素子の出力信号レベルに応じて制御することにより、絞りによる光量制御では補正しきれない箇所を撮像することができる技術が開示されている。

【0005】

【発明が解決しようとする課題】内視鏡装置では、診断部位や診断の方法の違いによりさまざまな内視鏡を使い分けている。大腸検診に用いる内視鏡に比べて、気管支検診に用いる内視鏡は細径である。

【0006】内視鏡の径は内視鏡内部のライトガイドの

本数に影響を及ぼし、照射光量の違いとして現れる。また、内視鏡の用途によってはレンズの絞り値も異なっている。特に、絞り値の大きな内視鏡では、遠点に位置する被写体の観察時に光量が不足し暗い観察画像となってしまうことがある。

【0007】これらは、撮像に必要な適性光量が得られる範囲は内視鏡の種類毎に大きく異なってしまう原因となっている。一方で、内視鏡装置では通常観察の他に、蛍光観察などの特殊観察での診断も可能である。

【0008】しかし、蛍光観察は非常に微弱な自家蛍光を捉えなければならないため、内視鏡先端に配される固体撮像素子は通常観察に用いられる固体撮像素子に比べ非常に大きな感度が必要とされる。

【0009】そこで、本発明では内視鏡の種類に応じて固体撮像素子の感度を制御して、内視鏡の種類によらず適正な明るさの観察画像が得られる内視鏡装置を提供することを目的とする。

【0010】

【課題を解決するための手段】本発明は、U.S. Pat. No. 5,337,340 “Charge Multiplying Detector (CMD) suitable for small pixel CCD image sensors” に示されているように、十分な強度を持つ電界領域を作り出し伝導電子を原子と衝突させることで、価電子帯から電子を解放し、かつ元の伝導電子を衝突が発生している領域から抜け出させることができる。このイオン化により電荷を増倍させ、感度を向上させる技術に着目したものであり、感度が可変である固体撮像素子を有する内視鏡と、固体撮像素子からの出力信号を信号処理する信号処理装置と、被写体への照明光を照射する光源装置を有する内視鏡装置において、前記固体撮像素子の感度を制御する感度制御手段を設けることにより、内視鏡の種類によらず適正な明るさの観察画像が得られるようにした。

【0011】また、外部からの感度制御パルス (CMD gate パルス) の振幅とパルス数で感度を自由に制御できる特徴も持っている。この感度の制御により、増倍に伴うノイズの発生もなく、冷却も不要で高感度の固体撮像素子を実現できるため、画質が良く挿入性の優れた内視鏡を実現することができる。

【0012】また、前記感度制御手段は信号処理装置内に設けられ、前記内視鏡の種類あるいは固体撮像素子毎の特性に応じて前記固体撮像素子の感度が設定されていることにより、内視鏡の種類あるいは固体撮像素子毎の特性によらず適正な明るさの観察画像が得られるようにした。

【0013】また、前記固体撮像素子の感度を指定する指定手段からの信号に応じて、前記感度制御手段は前記固体撮像素子の感度を制御することにより、簡単に内視鏡の種類あるいは固体撮像素子毎の特性によらず適正な

明るさの観察画像が得られるようにした。

【0014】

【発明の実施の形態】以下、図面を参照して本発明の実施の形態を説明する。

【0015】（第1の実施の形態）図1ないし図6は本発明の第1の実施の形態に係り、図1は第1の実施の形態の内視鏡装置の概略の構成を示すブロック図、図2及び図3は信号処理手段を構成するプレ信号処理手段、面順次信号同時化手段及びポスト信号処理手段の構成を示すブロック図、図4は本実施の形態に使用される各種タイプの内視鏡を示し、図5は内視鏡の用途などを示し、図6は動作説明図を示す。

【0016】図1に示すように、本発明の第1の実施の形態の内視鏡装置1は、固体撮像素子を内蔵した電子内視鏡（以下、簡単化のため、単に内視鏡と略記）2と、この内視鏡2が着脱自在に接続され、信号処理装置4及び面順次光源装置22を内蔵したプロセッサ3と、このプロセッサ3に接続され、該プロセッサ3で信号処理された映像信号を表示するモニタ5とから構成される。

【0017】前記内視鏡2は体腔内に挿入される細長の挿入部6を有し、この挿入部6の先端部7には、被写体を結像する対物レンズ8と、この対物レンズ8の結像位置には固体撮像素子として例えば電荷結合素子（CCDと略記）9が設けられ、このCCD9は信号線を介してプロセッサ3内の信号処理装置4に設けられたCCD駆動手段11及びCCD感度制御手段12に接続され、このCCD駆動手段11及びCCD感度制御手段12で生成された駆動信号及び感度制御信号により露光／読み出し制御されるようになっている。

【0018】このCCD9はU.S. Pat. No. 5,337,340 "Charge Multiplying Detector (CMD) suitable for small pixel CCD image sensors" に示されているように、十分な強度を持つ電界領域を作り出し伝導電子を原子と衝突させることで、価電子帯から電子を解放し、かつ元の伝導電子を衝突が発生している領域から抜け出させることができる。このイオン化により電荷を増倍させ、感度を向上させるCCDである。また、外部からの制御パルス（CMD gateパルス）の振幅とパルス数でCCDの感度を自由に制御できる特徴も持っている。

【0019】従って、感度増倍に伴うノイズの発生もなく、冷却も不要で高感度のCCDが実現できるため、画質が良く挿入性の優れた内視鏡を実現するのに適している。このCCD9にはバッファ13を介してプロセッサ3内に設けられた信号処理手段14に接続され、前記対物レンズ8によってCCD9の撮像面に結像された被写体像が、CCD9によって電気信号に変換されて読み出され、この出力が信号処理手段14に供給されるようになっている。

【0020】また、前記内視鏡2は照明光を伝達するライトガイド15が設けられ、このライトガイド15の先端面側に照明用レンズ16が配設され、前記ライトガイド15により内視鏡2内を伝達された照明光が、照明レンズ16を介して被写体に照明されるようになっている。

【0021】前記信号処理手段14は、CCD9で読み出された出力信号の各種信号処理を行なうプレ信号処理手段17と、このプレ信号処理手段17から出力された面順次信号を同時化する面順次信号同時化手段18と、この面順次信号同時化手段18の出力信号をモニタ5などに出力するための各種信号処理を行なうポスト信号処理手段19とから構成されており、前記CCD9から読み出された出力信号をテレビジョン信号に変換して、モニタ5などに出力するようになっている。

【0022】また、前記CCD駆動手段11及びCCD感度制御手段12、信号処理手段14は、（第1の）制御手段21に接続され、この制御手段21によって制御が行われるようになっている。

【0023】この制御手段21は、面順次の照明光を内視鏡2に供給する面順次光源装置22に設けられた絞り23及び絞り制御手段24及びRGB回転フィルタ制御手段25を制御する（第2の）制御手段26にも接続され、このRGB回転フィルタ制御手段25と同期して、前記CCD駆動手段11及び信号処理手段14を制御するようになっている。

【0024】また、前記面順次光源装置22には、照明光を発生するランプ27と、この照明光の光束を前記ライトガイド15の後端面に集光する集光レンズ28と、これらランプ27と集光レンズ28との間に挿入されるRGB回転フィルタ29が設けられている。

【0025】この回転フィルタ29はモータ30の回転軸に回転可能に接続され、制御手段26により、RGB回転フィルタ制御手段を介して所定の速度で回転するように制御されることにより、RGB面順次光が前記ライトガイド15の後端面に供給されるようになっている。

【0026】前記信号処理手段14は、例えば図2に示すように構成されている。プレ信号処理手段17には、前記内視鏡2から出力された面順次信号が入力されるようになっている。

【0027】このプレ信号処理手段17では、CCD9の出力信号はCDS回路31、LPF32、クランプ回路33を経由してA/D変換器34によりデジタル信号に変換される。このデジタル信号はフォトカップラ35aにより患者回路から2次回路にアイソレーションされて伝送される。

【0028】2次回路内にはホワイトバランス補正回路36、色調調整回路37、ガンマ補正回路38が設けてあり、ホワイトバランス補正、色調調整、ガンマ補正がそれぞれ行われた後、拡大回路39で電子ズーム処理で

拡大が行われる。拡大回路 39 の出力信号は輪郭強調回路 40 を介して面順次信号同時化手段 18 に入力される。

【0029】また、制御手段 21 は 2 次回路内のホワイトバランス補正回路 36、色調調整回路 37、拡大回路 39、輪郭強調回路 40 の動作を制御する制御信号を出力すると共に、アイソレーション伝送手段としてフォトカップラ 35b を介して患者回路内のクランプ回路 33 の動作を制御する制御信号を出力する。

【0030】上記プレ信号処理手段 17 から出力される RGB 面順次信号は図 3 に示す面順次信号同時化手段 18 内の切替スイッチ 41、42A、42B を経て同時化手段 43a、43b、43c に入力されるようになって

いる。
【0031】前記同時化手段 43a、43b、43c は、少なくとも 1 画面分のメモリを備え、逐次 R、G、B の順に入力される面順次信号をそれぞれ各色別のメモリに記憶すると共に、この記憶された面順次信号を同時に読み出して同時化された信号として出力するようになっている。

【0032】前記同時化手段 43a、43b、43c の一例として、例えば図 3 に示すように各同時化手段 43i (i = a, b, c) は少なくとも 2 画面分の画像メモリ 44a、44b を備えた手段で構成することが出来る。ここでは、画像メモリ 44a、44b の画像書き込みと画像読み出しが交互に切り替えられて同時化が行なわれるようになっている。

【0033】前記同時化手段 43a、43b、43c により同時化された同時化出力信号は、ポスト信号処理手段 19 内の静止画像記憶用の静止画像メモリ 45a、45b、45c に入力すると共にセクタ 46 に入力する。

【0034】セクタ 46 を経由した同時化手段 43a、43b、43c の同時化出力は、動画として後段の 75 ドライバ 47 を介してモニタ 5 に供給される。セクタ 36 のもう一方の入力端子には静止画像メモリ 45a、45b、45c の出力が接続されている。

【0035】静止画像メモリ 45a、45b、45c の画像書き込みと画像読み出しは制御手段 21 で制御されており、外部からのフリーズ命令に応じて制御手段 21 は、フリーズ命令の有った時点の画像を記憶するように静止画像メモリ 45a、45b、45c を制御するとともに、セクタ 46 に対しては、同時化手段 43a、43b、43c 出力である動画信号と静止画像メモリ 45a、45b、45c の出力信号である静止画像信号のうち、静止画像信号を後段の 75 ドライバ 47 を介してモニタ 5 に供給するように制御する。

【0036】内視鏡 2 にはその内視鏡 2 の固有情報を記憶した ROM 48 が内蔵されており、内視鏡 2 をプロセッサ 3 に接続した時点でその情報がプロセッサ 3 内部の

信号処理装置 4 内の制御手段 21 に伝達され、CCD 9 の感度制御を行う。つまり、ROM 48 は CCD 9 の感度を指定する指定手段を形成する。

【0037】図 4 に示すように、観察対象部位や用途に応じて内視鏡 2 の他に、さまざまなタイプの内視鏡 2I (I = A, B, C) が用意されているが、細径化のためにライトガイド 15 の本数が内視鏡 2 よりも少ない内視鏡 2A、レンズ絞り値を内視鏡 2 よりも増やして被写界深度を広げている内視鏡 2B、蛍光観察用に生体の蛍光のみを透過させるフィルタ 49 を CCD 9 の前面に配置した内視鏡 2C などがあり、プロセッサ 3 に着脱自在に接続可能となっている。

【0038】図 5 はこれら内視鏡 2 及び 2I の特徴を示し、その特徴に対応した情報 (例えば感度制御パルス CMD のパルス数を含む情報) が予め ROM 48 には記憶されている。そして、プロセッサ 3 に接続された内視鏡 2 又は 2I に設けた ROM 48 の情報は制御手段 21 に送られ、制御手段 21 は通常観察用の内視鏡 2 ~ 2B は適正な露光量が得られるように固体撮像素子としての CCD 9 の感度を決定する。

【0039】ここでは、光源装置 22 からライトガイド 15 の後端面に供給される光量が一定の場合に、ライトガイドの本数とレンズ絞りの f 値が異なっても CCD 9 の出力信号の信号レベルが等しくなるような CCD 9 の感度制御値が算出される。ライトガイドの本数、レンズ絞りの f 値が異なる場合には、それに基づいた情報を含む。

【0040】例えばライトガイドの本数が少ない場合には、ライトガイドの本数が多い場合よりも CCD 9 の感度を上げるように制御する。

【0041】蛍光観察用の内視鏡 2C では、蛍光観察用である旨を示す情報が送られ、予め決定されている値に感度設定値が設定される。制御手段 21 は、この計算結果に基づいて CCD 駆動手段 11 及び CCD 感度制御手段 12 を制御する。CCD 駆動手段 11 及び CCD 感度制御手段 12 から出力する駆動信号、感度制御信号を図 6 に示す。

【0042】図 6 は RGB 回転フィルタの露光期間 / 遮光期間 (読み出し期間) と、その場合における CCD 9 に対する感度制御パルス CMD、垂直転送パルス IAG、水平転送パルス SR 及び CCD 出力信号の関係を示している。

【0043】CCD 9 の感度は、CMD のパルス数とパルス振幅のどちらでも制御可能であるが、ここではパルス数を調節して所望の感度を得るようにしている。この場合、露光時間の後の遮光期間 (読み出し期間) に感度制御パルス CMD を CCD 9 に出力して、CCD 9 の感度を大きくして、垂直転送パルス IAG、水平転送パルス SR を CCD 9 に出力して、CCD 9 からの出力信号を得るようにしている。

【0044】そして、例えば図5に示すように用途に応じて接続された内視鏡2又は2IのCCD9に対し、感度制御パルス CMDのパルス数を変化させて、その内視鏡2又は2Iに必要とされる感度を容易に得られるようにしている。

【0045】なお、図5では、計算を簡略化するためにCMDのパルス1回毎に1%の電子の増倍が有るものとする。

【0046】蛍光観察用の内視鏡2Cには、生体の蛍光の波長480nm~600nmの範囲を通過させる特性を有するフィルタ49がCCD9の前面に配置されている。RGB回転フィルタ29による面順次光の青成分(波長400nm~500nm)で励起された微弱な蛍光のみが、感度を高く設定されたCCD9により映像信号に変換される。

【0047】プロセッサ3内の同時化手段43a, 43b, 43cは、この青成分のみの信号を各色別のメモリに全て同時に記憶すると共に、この記憶された面順次信号を同時に読み出してモノクロ画像として出力するようになっている。

【0048】この制御は制御手段21によって行なわれ、先に記述した通常観察時の信号処理と蛍光観察の信号処理との切り替えは、内視鏡2~2C内のROM48からの情報により行われる。

【0049】以上のように本実施の形態によれば、接続される内視鏡2, 2Iの種類に応じて固体撮像素子の感度を制御することで適正な明るさの観察画像を得ることができる内視鏡装置1を実現できる。

【0050】ROM48から出力される情報は、他に配光特性や画角などのパラメータ、明るさに関する個体差バラツキの補正値が考えられる。もちろん、CCD9の感度設定値そのものをプロセッサ3に伝送しても良い。

【0051】なお、本実施の形態では内視鏡2, 2Iに設けたROM48の情報により、その内視鏡のCCD9の感度を指定するようにしているが、ROM48を設けていない内視鏡(例えば2Dとする)の場合にも対応できるように、例えば信号処理装置4内の制御手段21にキーボード等の入力手段(或いは感度の指定手段)を接続して、その入力手段からその内視鏡2Dに対して適切な観察画像が得られる場合の感度を指定する入力を行い、制御手段21を介してCCD感度制御手段12からその内視鏡2Dに設けたCCD9の感度を制御するようにしても良い。

【0052】また、入力手段から感度を指定する入力を行う代わりに、その内視鏡2Dの場合の特徴、具体的には図5のライトガイド本数、レンズ絞り値を入力することにより、制御手段21が必要な感度制御パルスCMDのパルス数を算出して、CCD感度制御手段12を介してCCD9の感度を制御するようにしても良い。

【0053】(第2の実施の形態)図7は本発明の第2

実施の形態の内視鏡装置51の構成を示す。図1と共通である部分に関しては説明を省略する。

【0054】第1の実施の形態ではプロセッサ3内に信号処理手段14等の信号処理装置4と共に、面順次光源装置22を内蔵していたが、本実施の形態では信号処理装置4と別体に面順次光源装置52を設けている。

【0055】この面順次光源装置52ではその内部のランプ27の前面にはハーフミラー53が配置され、ランプ27からの出射光はハーフミラー53により分割され、その反射された光が光量検知部54に導かれる。

【0056】ランプ27の出射光量はランプ点灯時間に応じて劣化して行くので、光量検知部54でこの光量の低下の度合いが数値データに変換され、制御手段26を経由して制御手段21に送られる。制御手段21はこの数値データをもとに、ランプ27の光量低下を補正するようにCCD9の感度設定値を算出し、CCD感度制御手段12を制御する。

【0057】また、絞り制御手段24からは絞り23の調光制御動作が可能な範囲にある状態か、あるいは絞り23が全開状態、全閉状態であるかの情報も、制御手段26を経由して制御手段21に送られる。

【0058】制御手段21は、絞り23が全開状態のときはCCD9の感度設定値を高くするようにCCD感度制御手段12を制御し、絞り23が全閉の場合はCCD9の感度設定値を低くするようにCCD感度制御手段12を制御する。これら、感度設定値は段階的に変化させても良いし連続的に変化させることも可能である。その他の構成は第1の実施の形態と同様である。

【0059】本実施の形態は第1の実施の形態の作用の他に、ランプ27が経年変化等で変化する場合等を考慮して、ランプ27の実際の出射光量を検出してその光量の変化による影響をCCD感度制御手段12によりCCD9の感度を制御することで解消する手段を備えている。

【0060】この第2の実施の形態によれば光源装置52のランプ27の出射光の低下した場合や、絞り23による調光制御が効かない場合においても、光源装置52からの情報をもとに固体撮像素子としてのCCD9の感度を制御することで適切な明るさの観察画像を得ることができる内視鏡装置51を実現できる。

【0061】(第3の実施の形態)図8は本発明の第3実施の形態の内視鏡装置51の構成を示す。図1及び図7と共通である部分に関しては説明を省略する。本実施の形態は図7に示した第2の実施の形態の他に、図7の面順次光源装置52の代わりに図8のLED光源装置52でも使用できるようにしたものである。

【0062】図8に示したLED光源装置52には、LED制御手段56に接続され順次点灯制御される赤色LED57a, 緑色LED57b, 青色LED57cと、この照明光の光束を前記ライトガイド15の後端面

に集光する集光レンズ 28 が設けられており、面順次光が前記ライトガイド 15 の後端面に供給されるようになっている。

【0063】また、赤色 LED 57a、緑色 LED 57b、青色 LED 57c と集光レンズ 28 との間には絞り 23 が配置され、絞り制御手段 24 で制御される。この絞り制御手段 24 と LED 制御手段 56 は制御手段 26 に接続されている。

【0064】また、信号処理装置 4 内の制御手段 21 は、面順次の照明光を内視鏡 2 に供給する LED 光源装置 52 の赤色 LED 57a、緑色 LED 57b、青色 LED 57c の発光制御を LED 制御回路 56 を介して制御する制御手段 26 にも接続され、各 LED の発光タイミングと同期が取られて、上記 CCD 駆動手段 11 及び信号処理手段 14 を制御するようになっている。

【0065】制御手段 21 には、面順次光源装置 52 が接続された場合はキセノンランプが使用されていることを、LED 光源装置 52 が接続された場合は LED が使用されていることを、ハロゲンランプを使用している図示しない光源装置が接続された場合はハロゲンランプが使用されていることを示す情報が、各光源装置内の制御手段 26 から伝送される。制御手段 21 は、この情報に基づいて CCD 感度制御手段 12 を制御する。

【0066】以上、第 3 実施の形態によれば光源装置 52、52 の種類の違いにより出射光の絶対値が異なる場合でも、接続された光源装置からの情報をもとに出射光量を補正するように固体撮像素子の感度を制御することで適切な明るさの観察画像を得ることができる内視鏡装置を実現できる。

【0067】(第 4 の実施の形態) 図 9 は本発明の第 4 実施の形態の内視鏡装置 61 の構成を示す。本実施の形態では、CCD 9 の前面にカラーフィルタ 65 が設けられた同時式内視鏡装置である。

【0068】図 1 或いは図 7 と共通である部分に関しては説明を省略する。本実施の形態は同時式の内視鏡 62 と、この内視鏡 62 に白色の照明光を供給する光源装置 63 と、CCD 9 を駆動及び信号処理する(例えば光源装置 63 と別体の)信号処理装置 64 と、この信号処理装置 64 から出力される映像信号を表示するモニタ 5 とから構成される。

【0069】上記同時式の内視鏡 62 は例えば第 1 の実施の形態の内視鏡 2 の CCD 9 の前面にカラーフィルタ 65 を設けたものである。

【0070】また、光源装置 63 は図 1 の面順次式光源装置 22 において、照明光路中に介挿される RGB 回転フィルタ 29 を除去して、ランプ 27 の白色光が絞り 23 を介して集光レンズ 28 で集光されてライトガイド 15 の後端面に供給されるようにしたものである。このため、図 1 におけるモータ 30 及び RGB 回転フィルタ制御手段 25 も設けてない。

【0071】また、本実施の形態における信号処理装置 64 は図 1 の信号処理手段 14 をプレ信号処理手段 66 とポスト信号処理手段 67 で構成している。

【0072】つまり、CCD 9 から読み出された出力信号の各種信号処理を行なうプレ信号処理手段 66 と、このプレ信号処理手段 66 の出力信号をモニタ 5 などに出力するための各種信号処理を行なうポスト信号処理手段 67 とから構成されており、前記 CCD 9 から読み出された出力信号をテレビジョン信号に変換して、モニタ 5 などに出力するようになっている。

【0073】また、前記 CCD 駆動手段 11 及び CCD 感度制御手段 12、信号処理手段 14 は、制御手段 21 に接続され、この制御手段 21 によって制御が行なわれるようになっている。

【0074】この制御手段 21 は、白色の照明光を内視鏡 62 に供給する光源装置 63 に設けられた絞り 23 及び絞り制御手段 24 を制御する制御手段 26 にも接続されている。

【0075】本実施の形態に用いられる信号処理手段 14 は、例えば図 10 に示すように構成されている。プレ信号処理手段 66 には、前記内視鏡 62 から出力された信号が入力されるようになっている。

【0076】このプレ信号処理手段 66 では、色成分が重畳された CCD 9 の出力信号は CDS 回路 31、LPF 32、クランプ回路 33 を経由して A/D 変換器 34 によりデジタル信号に変換される。このデジタル信号はフォトカップラ 35a により患者回路から 2 次回路にアイソレーションされて伝送される。

【0077】このフォトカップラ 35a を経た出力信号は、2 次回路内の輝度/色差信号分離回路 68 で輝度信号 Y と色差信号 R-Y、B-Y に分離され、さらにマトリックス回路 69 で RGB 信号に変換され、ホワイトバランス補正回路 36、色調調整回路 37、ガンマ補正回路 38 でそれぞれホワイトバランス補正、色調調整、ガンマ補正がされた後、拡大回路 39 で電子ズーム処理が行なわれる。そして、拡大回路 39 の出力は輪郭強調回路 40 を介してポスト信号処理手段 67 に入力されるようになっている。

【0078】前記輪郭強調回路 40 の出力は、ポスト信号処理手段 67 内の静止画記憶用の静止画像メモリ 45a、45b、45c に入力すると共にセクタ 46 に入力する。セクタ 46 を経由した輪郭強調回路 40 の出力は、動画として後段の 75 ドライバ 47 を介してモニタ 5 に供給される。

【0079】セクタ 46 のもう一方の入力端子には静止画メモリ 45a、45b、45c の出力が接続されている。静止画像メモリ 45a、45b、45c の画像書き込みと画像読み出しは制御手段 21 で制御されており、操作者のフリーズ命令に応じて制御手段 21 は、フリーズ命令の有った時点の画像を記憶するように静止画

像メモリ 45a, 45b, 45c を制御する。

【0080】また、制御手段 21 は、フリーズ命令に応じて電子シャッタ動作が行われるように CCD 駆動手段 11 を制御するとともに、CCD 感度制御手段 12 に対して、CCD の感度設定値を上げるように制御する。この感度設定値は、電子シャッタ動作による露光時間の減少を補正するように設定され、1/120 秒の電子シャッタ動作が行われた場合は、1/60 秒の通常露光時の 2 倍の感度に CCD 9 が設定される。

【0081】以上のように本実施の形態によれば、電子シャッタ動作時においても、固体撮像素子の駆動状態に応じて固体撮像素子の感度を制御することで適正な明るさの観察画像を得ることができる内視鏡装置を実現できる。

【0082】(第 4 の実施の形態の変形例) 本発明の第 4 の実施の形態の変形例を、第 4 の実施の形態の図 9 を用いて説明する。本変形例では、NTSC 方式(60Hz)と PAL 方式(50Hz)の両方式のモニタに接続可能な同時内視鏡装置を示している。信号処理装置 64 は図示しないスイッチにより TV 方式を選択することが可能である。NTSC 方式が選択された場合には、CCD 9 の撮像レートを 60Hz で行ない、NTSC 方式のテレビジョン信号に変換する信号処理を行なうよう、制御手段 21 は CCD 駆動手段 11, プレ信号処理手段 66, ポスト信号処理手段 67 を制御する。

【0083】PAL 方式が選択された場合は、CCD 9 の撮像レートを 50Hz で行ない、PAL 方式のテレビジョン信号に変換する信号処理を行なうよう、制御手段 21 は CCD 駆動手段 11, プレ信号処理手段 66, ポスト信号処理手段 67 を制御する。この時、制御手段 21 は撮像レートの切り替えに応じて CCD 9 の感度設定値も同様に切り替え、60Hz 撮像時と 50Hz 撮像時とで同じ映像信号レベルが得られるように CCD 感度制御手段 12 を制御する。

【0084】以上のように本変形例によれば、撮像レートが異なる場合や露光時間が異なる場合においても、固体撮像素子の駆動状態に応じて固体撮像素子の感度を制御することで適正な明るさの観察画像を得ることができる内視鏡装置を実現できる。

【0085】(第 5 の実施の形態) 図 11 は本発明の第 5 実施の形態の内視鏡装置の構成を示す。図 1 或いは図 9 等と共通である部分に関しては説明を省略する。本実施の形態の内視鏡装置 61 は内視鏡 62 と、光源装置 63 と信号処理装置 64 と、モニタ 5 とから構成される。

【0086】本実施の形態における光源装置 63 は図 9 の内視鏡装置 61 の光源装置 63 において、絞り 23、絞り制御手段 24、制御手段 26 を除去して、ランプ 27 の照明光を集光レンズ 28 で集光してライトガイド 15 の後端面に供給するようにしている。

【0087】つまり、この光源装置 63 には絞り機構が設けてなく、ライトガイド 15 の後端面には常に同量の照射光が入力する構成となっている。

【0088】また、本実施の形態における信号処理装置 64 は、図 9 の信号処理装置 64 において、信号処理手段 14 内のプレ信号処理手段 66 と一部構成が異なるプレ信号処理手段 66 が採用されている。このプレ信号処理手段 66 の構成を図 12 に示す。

【0089】図 12 に示すプレ信号処理手段 66 は図 10 に示すプレ信号処理手段 66 において、輝度信号 Y の出力信号が入力される平均値検波フィルタ回路 70 が設けてある。

【0090】そして、この平均値検波フィルタ回路 70 により CCD 9 の出力の画面分の輝度信号 Y の平均値を算出し、この輝度平均値を制御手段 21 に送る。制御手段 21 は、この輝度平均値に基づき適正な明るさの観察画像が得られるように CCD 9 の感度設定値を算出し、CCD 感度制御手段 12 を制御する。

【0091】以上のように本実施の形態によれば、固体撮像素子の出力信号に応じて固体撮像素子の感度を制御することで適正な明るさの観察画像を得る内視鏡装置 61 を実現でき、しかも光源装置 63 の構成を簡略化することができる。

【0092】(第 6 の実施の形態) 図 13 は本発明の第 6 実施の形態の内視鏡装置の構成を示す。図 1 と共通である部分に関しては説明を省略する。

【0093】この内視鏡装置 71 は内視鏡 2 と、面順次光源装置 22 と信号処理装置 74 を内蔵したビデオプロセッサ 73 と、モニタ 5 とから構成される。

【0094】本実施の形態では内視鏡 2 内の ROM 48 には、CCD 9 の画素毎の電子の増倍率のバラツキの情報(データ)が記憶されている。

【0095】また、本実施の形態の信号処理装置 74 では図 1 の信号処理装置 4 において、さらに ROM 48 のデータを記憶する記憶手段 75 と、CCD 9 の感度を自由に設定するスイッチ 76 と、バラツキを補正する補正データを演算で算出する演算手段 78 とが設けている。また、信号処理手段 14 は図 1 のプレ信号手段 17 の代わりに、一部構成が異なるプレ信号処理手段 17 を採用し、演算手段 78 による補正データをプレ信号処理手段 17 に送り、CCD 9 に感度のバラツキがある場合にもスイッチ 76 で設定された感度に設定できるようにしている。

【0096】そして、第 1 の実施の形態と同様に、内視鏡 2 をプロセッサ 73 に接続した時点で、ROM 48 の情報がプロセッサ 73 内部の記憶手段 75 に送られ、記憶される。例えばプロセッサ 73 のパネル上に設けられ、CCD 9 の感度を自由に設定するスイッチ 56 により設定された感度設定値の情報は制御手段 21 に入力され、この制御手段 21 はその情報に対応して CCD 感度

制御手段 12 を制御する。

【0097】本実施の形態では CMD パルスのパルス数で感度を制御しており、演算手段 78 では前記記憶手段 75 に記憶されている画素毎の電子の増倍率のバラツキの値と CMD のパルス数に基づいて補正データが演算される。

【0098】基準となる電子の増倍率に X に対し、ある画素の電子の増倍率が kX であり、CMD のパルス数が n であった場合には、その画素の補正データは $1 / (kX)^n$ で表わされる。

【0099】この各画素毎の補正データは、図 14 に示されるプレ信号処理手段 17 を構成する乗算器 79 で CCD9 から読み出された出力信号と乗算されてバラツキの補正が行なわれ、その後段側の回路に送られる。なお、図 14 に示すプレ信号処理手段 17 は図 2 のプレ信号処理手段 17 において、フォトカプラ 35a とホワイトバランス補正回路 36 との間に乗算器 79 を設けた構成になっている。

【0100】図 15 は、本実施の形態で用いられている CCD9 を表わしている。受光面 80 の下方にはシリアルレジスタ 81 と電荷を電圧に変換する FDA82 が存在する。シリアルレジスタ 80 と FDA82 の間にはダミー画素 83 が 6 画素存在している。

【0101】制御手段 21 はスイッチ 76 からの設定値に基づいて、感度を上げていない通常感度時と、電子増倍時とで異なる制御を行う。

【0102】つまり、制御手段 21 はスイッチ 76 からの設定値に基づいて、電子の増倍動作を行っていない、つまり感度を上げていない通常感度時には図 16 (A) に示すように OB 画素 84 の CCD 出力信号 (CDS 出力信号) が入力される OB 期間でクランプを行なうようにクランプ回路 33 にタイミング信号を送る。

【0103】一方、電子の増倍動作を行ない感度を上げている電子増倍時には、図 16 (B) に示すように OB 画素 84 の暗電流が増倍され、OB クランプされる電位に影響を及ぼすため、これを避けるようにダミー画素 83 の CCD 出力信号が入力されるダミー期間でクランプを行なうようにクランプ回路 33 に異なるクランプ位置のタイミング信号を送る。

【0104】以上のように本実施の形態によれば、固体撮像素子の画素毎の電子の増倍率のバラツキのデータと、固体撮像素子の感度の設定値に応じて固体撮像素子の出力信号を補正することで、良好な観察画像を得ることができる内視鏡を実現できる。

【0105】また、固体撮像素子の感度設定値に応じて、固体撮像素子の出力信号の信号処理を制御することで、正しい黒レベルが再現され、良好な観察画像を得ることができる。

【0106】なお、上述では挿入部 6 の先端に CCD9 を配置 (内蔵) した電子内視鏡の場合について説明した

が、本発明はこれに限定されるものでなく、光学式内視鏡の接眼部に CCD を内蔵したテレビカメラを装着したテレビカメラ装着内視鏡の場合にも適用できる。

【0107】この場合には、例えば第 1 の実施の形態で説明したように例えば入力手段 (指定手段) から制御手段 21 に CCD9 の感度を指定する入力を行うようにしても良い。また、光学式内視鏡の特徴 (ライトガイド本数等) と共に、テレビカメラの特徴を入力して、制御手段 21 がその場合に必要とされる感度制御パルス CMD のパルス数を算出して CCD 感度制御手段 12 を介して CCD9 の感度を制御するようにしても良い。

【0108】(第 7 の実施の形態) 図 17 ないし図 23 は本発明の第 7 の実施の形態に係り、図 17 は内視鏡装置の概略の構成を示すブロック図、図 18 は回転フィルタに設けた 2 つのフィルタセットの構成を示す説明図、図 19 は信号処理手段を構成するプレ信号処理手段を示すブロック図、図 20 は、信号処理手段を構成する面順次同時化手段及びポスト信号処理手段を示すブロック図、図 21 は CCD 駆動のタイミングチャート、図 22 は CCD の板面照度と S/N の関係を示すグラフ、図 23 は CCD の板面照度と出力電圧との関係を示すグラフを示す。

【0109】図 17 に示すように、第 7 の実施の形態の内視鏡装置 101 は、固体撮像素子を内蔵した電子式内視鏡 (以下、内視鏡と略記) 102 と、この内視鏡 102 が着脱自在に接続され、信号処理装置 104 及び面順次光源装置 122 を内蔵したプロセッサ 103 と、このプロセッサ 103 に接続され、該プロセッサ 103 で信号処理された映像信号を表示するモニタ 105 とから主に構成される。

【0110】前記内視鏡 102 は、体腔内に挿入される細長の挿入部 106 を有し、この挿入部 106 の先端部 107 には、被写体を結像する対物レンズ 108 と、この対物レンズ 108 の結像位置には固体撮像素子としてイメージセンサ、例えば電荷結合素子 (CCD と略記) 109 が設けられ、この CCD 109 は信号線を介してプロセッサ 103 内の信号処理装置 104 に設けられた CCD 駆動手段 111 及び CCD 感動制御手段 112 に接続され、この CCD 駆動手段 111 及び CCD 感動制御手段 112 で生成された駆動信号及び感度制御信号により、露光、生成電荷の増倍及び読出制御がなされる。また、イメージセンサは CMOS センサでもよい。CCD 109 の前面には、ある特定の波長領域のみを透過させるフィルタ 110 が配置されている。フィルタ 110 は、例えば生体組織から発せられる自家蛍光の波長帯域を透過させ、励起光はカット (透過しない) する分光透過率特性を有している。

【0111】この CCD 109 は、U.S. Pat. No. 5,337,340 "Charge Multiplying Detector (CMD) suitable

le for small pixel CCD image sensors" に示されている CCD である。その特徴は、画素毎或いは検出アンプ前段（水平転送レジスタ後）に電子増倍機構（以下、CMD : Charge Multiplying Detector）が設けられ、電子増倍機構（CMD）に電界（エネルギーギャップの約 1.5 倍程度のエネルギー）を印加すると、信号電荷（電子）は価電子帯の電子に衝突し伝導帯へ励起され、衝突電離（2 次電離）により電子 - 正孔ペアが生成される。つまり、ある強度（振幅）を持ったパルスを順次印加すると、衝突電離現象により電子 - 正孔ペアが次々に生成されることにより、パルス数の制御により信号電荷は任意に増倍される特性を有している。

【0112】CCD109は、バッファ113、CCDケーブル120（信号線）を介してプロセッサ103内に設けられた信号処理手段114に接続され、前記対物レンズ108及びフィルタ110を介しCCD109の撮像面に結像された被写体像が、CCD109によって電気信号に変換されて読み出され、この出力信号が信号処理手段114に供給される。

【0113】図21は、後述する回転フィルタ129の露光時間/遮光時間（CCD読出期間）と、その場合におけるCCD109に対する感度制御パルス CMD、垂直転送パルス IAG、水平転送パルス SR及びCCD出力信号の関係を示す。CCD109のCMDは、画素毎または検出アンプ前段のどちらでも設定可能であるが、ここではCMDを画素毎に設置するようにしている。また、CCD109の感度（CMD増倍率）は、CMDのパルス数とパルス振幅（電圧値）のどちらでも制御可能であるが、ここではパルス数をコントロールして所望の感度（CMD増倍率）を得るようにしている。この場合、露光期間の後の遮光期間（読出期間）に感度制御パルス CMDをCCD109に出力し、CCD109の感度（CMD増倍率）を大きくし生成された電荷を増倍させ、その後に垂直転送パルス IAG、水平転送パルス SRがCCD109に出力され、CCD109からの出力信号を得る。つまり、感度制御パルス CMDのパルス数を変化させて、所望のCCD109の感度（CMD増倍率）を得られるようにしている。

【0114】前記内視鏡102は、照明光を伝達する紫外から近赤外域を透過可能なライトガイド115が設けられ、このライトガイド115の先端面側に照明用レンズ116が設けられ、ライトガイド115により内視鏡102を導光させた通常光或いは特殊光観察用の照明光が、照明レンズ116を介して被写体に照射される。ライトガイド115としては、SLFファイバ（商品名）、石英ファイバなどを用いることができる。

【0115】信号処理手段114は、CCD109で読み出された出力信号の各種信号処理を行うプレ信号処理手段117と、このプレ信号処理手段117から出力され

た面順次信号を同時化する面順次同時化手段118と、この面順次同時化手段118の出力信号をモニタ105などに出力するための各種信号処理を行うポスト信号処理手段119とから構成されており、前記CCD109から読み出された出力信号をテレビジョン信号に変換して、モニタ105などに出力する。

【0116】CCD駆動手段111及びCCD感度制御手段112、信号処理手段114は、（第1の）制御手段121に接続され、この制御手段121によって制御が行われる。この制御手段121は、面順次の照明光を内視鏡102に導光する面順次光源装置122に設けられた絞り123、絞り制御手段124及びRGB回転フィルタ制御手段125を制御する（第2の）制御手段126にも接続され、このRGB回転フィルタ制御手段125と同期して、前記CCD駆動手段111及び信号処理手段114を制御するようになっている。

【0117】面順次光源装置122は、紫外域から赤外域に至る広帯域の照明光を発生するランプ127と、この照明光の光束を前記ライトガイド115の後端面に集光する集光レンズ128と、ランプ127と集光レンズ128との間に挿入されるRGB回転フィルタ129が設けられている。ランプ127としては、キセノンランプ、ハロゲンランプ、メタルハライドランプ、LED、高圧水銀などを用いることができる。

【0118】この回転フィルタ129は、モータ130の回転軸に回転可能に接続され、制御手段126により、RGB回転フィルタ制御手段125を介して所定の速度で回転するように制御され、面順次光がライトガイド115の後端面に導光される。回転フィルタ129は、第18図に示すように二重構造になっており、内周部分と外周部分とに2組のフィルタセット133、134が設けてある。内周の第1フィルタセット133は通常光モード（通常光観察）のためのR1、G1、B1の3枚のフィルタで構成され、外周部分の第2のフィルタセット134は特殊光モード（特殊光観察）のためのR2、G2、B2の3枚のフィルタで構成され、第1フィルタセット133、第2フィルタセット134は、各々観察目的に応じた分光透過率特性を有している。つまり、第1フィルタセット133は、通常光モード（通常光観察）用の赤（R1）、緑（G1）、青（B1）の各波長領域を透過するフィルタ133a、133b、133cが扇状に、周方向に沿って離散的に配列され、さらにその外周側には特殊光モード（特殊光観察）用のR2、G2、B2の各波長領域の光を透過するフィルタ134a、134b、134cが離散的に配列されている。

【0119】上記通常光モード（通常光観察）用の赤（R1）、緑（G1）、青（B1）の各波長領域を透過するフィルタ133a、133b、133cの間は、遮光部となっている。この遮光部は、CCD109の遮光

期間（読み出し期間）に対応し、上記フィルタ 133 a、133 b、133 c と遮光部は、ほぼ同程度の間隔で配列されている。第 2 フィルタセット 134 も同様に構成されている。

【0120】本実施の形態では、上記フィルタ 134 b には、特殊光モードで使用する紫外～青色領域の光のみを透過する励起フィルタが搭載されており、生体組織より自家蛍光を発生させることができる。なお、フィルタ 134 a (R2)、134 c (B2) は本実施の形態では遮光され、照射されない。

【0121】ランプ 127 とライトガイド 115 の後端面とを結ぶ照明光軸上には、内周側のフィルタセット 133 と外周側のフィルタセット 134 とを選択的に設定できるように回転フィルタ切替機構 131 が設けてある。そして、通常光モードの場合は、ランプ 127 からの光ビーム P1（第 18 図に実線で示す）は、内周側のフィルタセット 133 に対向している。一方、特殊光モードの場合には、ランプ 127 からの光ビーム P2（図 18 点破線で示す）は、外周側のフィルタセット 134 に対向するように回転フィルタ機構 131 で回転フィルタ 129 全体を移動して照明光路上に配置されるフィルタセットを切替できるようになっている。この回転フィルタ切替機構 131 は、モータ 130 及び回転フィルタ 129 とをランプ 127 に対し相対的に移動させるが、ランプ 127 側を反対方向に移動しても良い。

【0122】また、プロセッサ 103 には、モード切替手段 135 が接続され、観察モード（通常光/特殊光）の切替指示を行うことにより、回転フィルタ切替指示信号が回転フィルタ切替機構 131 及び制御手段 126 に出力され、回転フィルタ 129 の切替が行われると同時に、特殊光モード時は絞り制御手段 124 を介して絞り 123 を自動的に全開となるよう制御する。

【0123】回転フィルタ切替指示信号は、制御手段 121 にも出力されて、選択されているモード（通常光/特殊光モード）で各処理を行うよう制御手段 121 から信号処理手段 114、CCD 駆動手段 111 及び CCD 感度制御手段 112 を制御する。

【0124】信号処理手段 114 は、例えば図 19 に示すように構成されている。図 19 においてプレ信号処理手段 117 には、CCD 109 からの出力信号が入力されるようになっている。このプレ信号処理手段 117 では、CCD 109 の出力信号はプリアンプ 140、CCD S 回路 141、LPF 143、クランプ回路 144、AGC 回路（オートゲインコントロール）145 を経由して、A/D 変換器 146 によりデジタル信号に変換される。このデジタル信号は、フォトカブラ 147 a により患者回路から 2 次回路にアイソレーションされて伝送される。2 次回路には、ホワイトバランス補正回路 148、色調調整回路 149、ガンマ補正回路 150 が設けてあり、ホワイトバランス補正、色調調整、ガンマ補正

がそれぞれ行われた後、拡大回路 151 で電子ズーム処理で拡大が行われる。

【0125】拡大回路 151 の出力信号は、輪郭強調回路 152 を介して面順次同時化手段 118 に入力されるようになっている。また、CCD 回路 141 後には、測光手段 142 が接続され、CCD 109 出力信号の 1 画面の平均値を算出し、その値を制御手段 121 に出力するようになっている。さらに、制御手段 121 は、2 次回路内のホワイトバランス補正回路 148、色調調整回路 149、拡大回路 151、輪郭強調回路 152 の動作を制御する制御信号を出力すると共に、アイソレーション伝送手段としてフォトカブラ 147 b を介し患者回路内のクランプ回路 144 の動作を制御する制御信号を出力するようになっている。

【0126】プレ信号処理手段 117 から出力される RGB 面順次信号は、図 20 に示す面順次信号同時化手段 118 内の切替スイッチ 160、162 A、162 B を経て、同時化手段 163 a、163 b、163 c に入力されるようになっている。同時化手段 163 a、163 b、163 c は、少なくとも 1 画面分のメモリを備え、逐次 R、G、B の順に入力される面順次信号を各色別のメモリに記憶すると共に、この記憶された面順次信号を同時に読み出して同時化された信号として出力するようになっている。

【0127】同時化手段 163 a、163 b、163 c の一例として、例えば図 20 に示す各同時化手段 163 I (I = a, b, c) は、少なくとも 2 画面分の画像メモリ 164 a、164 b を備えた手段で構成することができる。同時化手段 163 a は、回転フィルタ 129 の 133 a または 134 a で得られる映像信号に対応している。同様に、同時化手段 163 b は、回転フィルタ 129 の 133 b または 133 a、同時化手段 163 c は回転フィルタ 129 の 133 c または 134 c に対応している。ここでは、画像メモリ 164 a、164 b の画像書き込みと画像読み出しが交互に切替えられて同時化が行われる。前記同時化手段 163 a、163 b、163 c により同時化された同時化出力信号は、ポスト信号処理手段 119 内の静止画像記憶用の静止画像メモリ 165 a、165 b、165 c に入力すると共にセクタ 166 に入力する。セクタ 166 を経由した同時化手段 163 a、163 b、163 c の同時化出力は、動画として後段の 75 ドライバ 167 を介してモニタ 105 に供給される。セクタ 166 のもう一方の入力端子には、静止画メモリ 165 a、165 b、165 c が接続されている。

【0128】静止画像メモリ 165 a、165 b、165 c の画像書き込みと画像読み出しは、制御手段 121 で制御されており、外部からのフリーズ命令に応じて制御手段 121 は、フリーズ命令のあった時点の画像を記憶するように静止画像メモリ 165 a、165 b、165 c

5cを制御するとともに、セクタ166に対しては、同時化手段163a、163b、163c出力である動画画号と静止画像メモリ165a、165b、165cの出力信号である静止画像信号のうち、静止画像信号を1後段の75ドライバ167を介してモニタ105に供給するように制御するようになっている。

【0129】内視鏡102には、当該内視鏡に固有の情報を記憶したROM170が内蔵されており、この内視鏡102をプロセッサ103に接続した時点でその情報がプロセッサ103内部の信号処理装置104内の制御手段121に伝送され、CCD109の感度制御(CMD増倍率制御)等を行うようになっている。つまり、ROM170は、CCD109の感度を指定する指定手段を形成している。

【0130】(作用)通常光モード及び特殊光モード時の作用を説明する。

【0131】先ず、通常光モード(通常光観察)を行う場合には、回転フィルタ129は第1フィルタセット133が照明光路上に配置され、CCD109のCMD増倍率は固定値に設定される。CCD109のCMD増倍率の通常光モード用設定値(固定値)は、内視鏡102をプロセッサ103に接続時にROM70から伝送される。

【0132】CCD感度制御手段112は、制御手段121を介してROM70から伝送されたCCD109のCMD増倍率(固定値)を受取り、通常光モード時のCMD増倍率(固定値)に対応するパルス数を計算し、CCD109の露光/遮光(読み出し期間)に同期してCCD109に計算された数のパルスを出力する。

【0133】尚、例えば信号処理装置104内の制御手段121にキーボード等の入力手段(或いは指定手段)を接続してユーザーはその入力手段から任意のCMD増倍率を手動で入力し、制御手段121を介してCCD感度制御手段112からCCD109のCMD増倍率が設定できる。これは、特殊光モード時と同様である。

【0134】ランプ127から照射された照明光が第1フィルタセット133を通ることにより、R(赤)、G(緑)、B(青)の面順次照明光が生体組織に順次照射され、その反射光をCCD109で順調撮像したR、G、Bの画像信号(映像信号)は信号処理手段114に40入力され、モニタ105に通常光観察画像が表示される。

【0135】測光手段142は、1画面分のCCD109からの出力信号の平均値を算出し、制御手段121に出力する。出力された値は、制御手段121を介して第2の制御手段126に出力し、値に応じて絞り制御に指令を出して絞り123の開閉制御を行う。つまり、被写体が設定された基準値よりも明るすぎる場合は、CCD109出力信号は大きくなるため、絞り123を閉じる方向(ライトガイド後端面への照射強度が小さくなる)50

に動作させ、一方、被写体が暗い場合はCCD109出力信号は小さくなるため、絞り123を開ける方向(ライトガイド後端面への照射強度が大きくなる)に動作させて、生体組織への照射強度を変化させるものである(自動調光機能)。

【0136】尚、モニタ105の明るさ(上記基準値)は、例えば信号処理装置104内の制御手段121にキーボード等の入力手段(或いは指定手段)を接続して、ユーザーはその入力手段から任意の明るさを設定できる。

【0137】AGC回路145では、CCD109の出力信号が設定されたモニタ105の明るさになるように電氣的に増幅させることができる。つまり、被写体が暗く自動調光機能を作動させても設定されたモニタ105の明るさが得られない場合にCCD109からの出力信号を電氣的に増幅させることができる(AGC機能)。

【0138】生体組織(消化器、気管支等)に面順次光(赤、緑、青)を照射した際に得られる反射光の強度は、図22、図23では概ね、1[lux]より大きな領域に該当するが、図22、図23よりCCD109のCMDの増倍率が大きくなるに従い、S/N及び出力値はCCD109のCMD増倍なしに対して向上されることが分かる。

【0139】通常光モード(通常光観察)を行う場合には、被写体(生体組織)の明るさ(被写体からの反射光強度)が変化しても、自動調光機能及びAGC機能により、モニタ105上には常にユーザーが設定した適切な明るさの観察画像が得られる。しかも、この場合は、CMD109のCMD増倍率を大きくすることにより、S/Nも向上する。このように通常光モード(通常光観察)を行う場合には、自動調光機能により画質を損なわずに適切な明るさの観察画像を得ることができ、この機能でカバーできない場合にAGC機能により調整される。

【0140】一方、特殊光モード(特殊光観察)を行う場合には、ユーザーはモード切替手段135を構成する例えばモード切替スイッチを操作することにより、回転フィルタ切替機構131を動作させて回転フィルタ129の第2フィルタセット134を照明光路上に配置させると共に、絞り129は全開となるように動作してライトガイド115後端面に最も強い励起光が入射させる。CCD109の感度は、特殊光モードに対応したCMD増倍率を固定値に設定して観察を行う。CCD109のCMD増倍率の設定値(固定値)は、ROM170から伝送された値であり、通常光モード(通常光観察)よりも大きな値に予め設定されている。

【0141】CCD感度制御手段112は、制御手段121を介してROM170から出力されたCCD109のCMD増倍率(固定値)を受取り、特殊光モード時のCMD増倍率(固定値)に対応するパルス数を計算し、CCD109の露光/遮光(読み出し期間)に同期して

CCD109に計算された数のパルスを出力する。

【0142】ランプ127から照射された励起光（本実施例では紫外～青色領域）が第2フィルタセット134を通ることにより、本実施例ではフィルタ134b（G2）の励起光のみが生体組織に間欠的に照射される。フィルタ134a（R2）、134c（B2）は本実施例では遮光となっているので照射されない。

【0143】対物レンズ108には、生体組織からは励起光の反射光及び生体組織から励起光により発せられた自家蛍光（例えば、NADH、フラビン等に起因）が入射するが、フィルタ110で励起光はカットされ、CCD109には自家蛍光が入射する。CCD109で撮像した自家蛍光画像は、信号処理手段114に入力される。信号処理手段114は、フィルタ134b（G2）に対応する信号が処理され、モニタ105に表示される。

【0144】AGC回路145は、CCD109の出力信号を設定値になるように電氣的にアンプを行う。つまり、被写体が暗く、CCD109にてCMD増倍を行ってもCCD109出力信号が設定値よりも小さい場合には、電氣的にアンプを行い、出力信号の強度を増幅させる（AGC機能）。これにより、モニタ105には、常に適切な明るさの特殊光観察画像を得ることができる。尚、モニタ105の明るさ（上記基準値）は、例えば信号処理装置104内の制御手段121にキーボード等の入力手段（或いは指定手段）を接続して、ユーザーはその入力手段から任意の明るさを設定できる。

【0145】ここで、CCD109のCMD増倍率を大きくした場合（CMD増倍率3、10倍と仮定）に、モニタ105に表示される観察画像（本実施例では自家蛍光画像）のS/N及び明るさについて説明する（図2

*2、図23参照）。

【0146】S/Nは、暗い被写体がどこまで撮像できるか、また、暗い被写体をどの程度の画質で撮像できるかを反映するため、特に自家蛍光のような微弱光を撮像する場合には非常に重要なパラメータである。また、出力値は、モニタに表示する画像の明るさを反映するために、S/N同様非常に重要なパラメータである。尚、固体撮像素子が一般的なCCD（増倍機構なし）の場合は、モニタ105に表示される観察画像のS/N及び明るさは、CCD109のCMD増倍率1倍（増倍なし）に概ね相当する。

【0147】生体組織（消化器、気管支等）に紫外～青色光を照射すると、生体組織に含まれるNADH、フラビンやコラーゲン等に起因した自家蛍光が得られる。しかし、この自家蛍光強度は、非常に微弱（図22、図23では概ね1 [lux] より小さい領域に該当）であり、一般のCCDでの撮像は非常に困難である。第22図、23図より、CCD109のCMDの増倍率が大きくなるに従い、S/N及び出力値は一般的なCCDに対して大幅に向上されることが分かる。

【0148】CCD109感度特性に関して、CCD109板面（撮像面）における板面照度（被写体の明るさ反映）とプロセッサ103出力段にて得られるS/N（信号対ノイズ比）及び出力値の関係について説明する。

【0149】対象システムを内視鏡101（CCD109+CCDケーブル120+プロセッサ103（信号処理手段114））とし、プロセッサ103（信号処理手段114）の出力段における信号対ノイズ比S/N及び出力値Sを理論的に算出する。

【0150】

$$\begin{aligned} S/N &= S / \{ N_{CCD}^2 + N_{CV}^2 \}^{1/2} \quad (1) \\ &= \{ A \cdot n \cdot K \cdot (1 -) \cdot G \} / \{ (A^2 \cdot F^2 \cdot (n + D) + R^2 \\ &\quad \cdot K^2 \cdot (1 -)^2 \cdot G^2 + N_{CV}^2) \}^{1/2} (1 - 2) \\ &= \{ n \cdot K \cdot (1 -) \cdot G \} / \{ (F^2 \cdot (n + D) + R^2 / A^2) \} \end{aligned}$$

S : 信号出力値（@プロセッサ103出力段） $N_{CV}^2 / A^2 \}$ 効率1 RA: 開口率、T : 露光時間）

（計算簡略化のため、 β と仮定） $\cdot G$ [mV/A] [倍(2)] : CMD増倍率

N_{CCD} : CCD109で発生したノイズ量（@プロセ 40 $\cdot D$ [e/pixel/s] : 画素毎に発生する暗電流
ッサ103出力段） $\cdot R$ [eRMS] : 読み出しノイズ（検出ア

N_{CV} : CCDケーブル120+プロセッサ103で ンプノイズ） $\cdot K$ [mV/e] : 検出アンプ電荷電圧変
発生したノイズ量（@プロセッサ103出力段）換係数

[パラメータ]
1) CCD関連
 $\cdot n$ [e/pixel] : 画素毎に生成する信号電荷数
(CMD増倍前)
 $\cdot F^2$: CMD Excess

$(n = M \times (4.1 \times 10^9) \times \mu^2 \times \times RA \times T$
[e/pixel/flame])
Noise Factor

(M [lux] : 板面照度、 μ : 画素サイズ、 : 量子 50 \cdot [x100%] : CCDケーブル120信号減衰率

・G[倍] : プロセッサゲイン (G = プロセッサ出力値 / プロセッサ入力値)

・Nc v [mV] : CCD ケーブル 120 + プロセッサ 103 で発生するノイズ

(ゲインがかかった状態) ここで、式 (1-2) 及び式 (2) の各パラメータに数値を代入し、CMD 増倍率を 1、3、10 倍と仮にした場合の板面照度と S/N の関係を図 22 に、板面照度と出力値の関係を図 23 にそれぞれ示す。また、図 22 の S/N (縦軸) は $S/N = 20 \times \log \{ \text{式 (1-2)} \}$ (デシベル単位) と計算される。

【0151】(効果) 特殊光モード (特殊光観察) を行う場合は、微弱な被写体像を CCD の CMD 増倍及び AGC 機能により一般的な CCD では撮像できない微弱な被写体像が撮像可能となる。また、この場合は、S/N 及び出力値の向上が図られ、良好な画質 (高 S/N) 及び適切な明るさの観察画像を得ることができる。

【0152】なお、ROM 170 から出力される情報は、通常光 / 特殊光モード時におけるそれぞれにおける CD 109 の CMD 増倍率の値の他に、内視鏡の種類、モニタ 105 の明るさ (プロセッサ 103 の出力値) 情報や CCD 109 の CMD 増倍率の画素毎バラツキの補正データ等をプロセッサ 103 に伝送しても良い。

【0153】また、内視鏡先端に 2 つの CCD を配設した 2 CCD 型にして、第 1 の CCD を通常光モード (通常光観察) 専用、第 2 の CCD を特殊光モード (特殊光観察) 専用にしても良い。その場合、第 2 の CCD は本実施例で示す CCD 109 を採用するが、第 1 の通常光モード専用 CCD は CCD 109 または一般的な CCD を採用しても良い。

【0154】回転フィルタ 129 の特殊光モードに対応したフィルタを 3 枚としたが、3 枚に限定することなく 2 枚以下、あるいは、4 枚以上設けても良い。

【0155】回転フィルタ 129 の特殊光モードに対応したフィルタは、紫外～青色領域を透過する特性を有するとして、紫外域のみ、青色域のみの特性波長を透過するフィルタとして自家蛍光撮像を行っても良い。

【0156】回転フィルタ 129 の特殊光モードに対応したフィルタの分光透過率特性は、紫外～青色領域としたが、可視域の特定波長として薬剤 (HpD、ポルフィリン、NPe6、ALA、m-THPC、ATX-S10、BPD-MA、ZnPC、SnET2 等) を用いた PDD (光線力学的診断) の薬剤蛍光撮像としても良い。

【0157】回転フィルタ 129 の特殊光モードに対応したフィルタの分光透過率特性は、紫外～青色領域としたが、近赤外域の特定波長として薬剤 (例えばインドシアニンググリーン誘導体標識抗体) を用いた薬剤蛍光撮像としても良い。

【0158】回転フィルタ 129 の特殊光モードに対応

したフィルタの分光透過率特性は、紫外～青色領域としたが、可視域の特定波長として、その反射光の撮像としても良い。尚、その場合はフィルタ 110 は設けなくても良い。

【0159】モード切替手段 135 は、プロセッサ 103 に設けたが、内視鏡 102 に設けても良い。

【0160】プロセッサ 103 は信号処理装置 104 と面順次光源装置 122 が一体となっているが、信号処理装置 104 と面順次光源装置 122 は別体としても良い。

【0161】(第 8 の実施の形態) この実施の形態は、通常光観察の場合には自動調光 + AGC を行い、特殊光観察の場合には CMD (固定値 (手動)) + AGC (プロセッサ Gain UP) + 長時間露光、フル発光を行うようにしたものである。

【0162】第 7 の実施の形態では、通常光モード (通常光観察) と特殊光モード (特殊光観察) は、同じ露光時間であった。

【0163】この実施の形態では、特殊光モード時は通常光モード時よりも露光時間を長くし、更に高 S/N 及び高出力値を実現しようとするものである。

【0164】(構成) 図 24 は、回転フィルタの構成を示し、図 25 は CCD 駆動の特殊光モード時のタイミングチャート、図 26 は CCD の板面照度と S/N の関係 (長時間露光) を示すグラフ、図 27 は CCD の板面照度と出力電圧の関係 (長時間露光) グラフである。

【0165】回転フィルタ 129 A を含め、実施例 7 と共通である部分に関しては説明を省略する。

【0166】回転フィルタ 129 A は、図 24 に示すように、2 重構造になっており、内周部分と外周部分とに 2 組みのフィルタセット 133、134 A が設けてある。内周側の第 1 フィルタセット 133 は、実施例 7 と同様に通常光モード (通常光観察) のための 133 a、133 b、133 c の 3 枚のフィルタで構成されている。外周部分の第 2 のフィルタセット 134 A は特殊光モード (特殊光観察) のための 134 a A と 134 c の 2 枚のフィルタで構成され、それぞれ観察目的に応じた分光透過率特性を有している。

【0167】本実施の形態では、フィルタ 134 a A に自家蛍光の励起用フィルタ (紫外～青色領域) が搭載されており、フィルタ 134 c は今回は搭載されていない (遮光されている)。また、回転フィルタ 129 A の第 2 フィルタセット 134 A は、図 24 に示すように 3 つの領域 R2、G2、B2 に (便宜上) 分けられている。フィルタ 134 a A は、R2 のほぼ全領域と、G2 のほぼ半分の領域からなり、また、フィルタ 134 c は B2 領域のほぼ半分の領域からなり、扇状の形状を有し、周方向に沿って配列されている。また、フィルタ 134 a A 及び 133 c 以外は遮光部となっており、CCD 109 遮光期間 (読み出し期間) となっている。

【0168】制御手段121は、モード切替手段135の指令に基づき、選択されているモード（通常光／特殊光）で異なるCCD駆動を行うようCCD駆動手段111を制御するようになっている。

【0169】図25は、CCD駆動の特殊光モード時におけるタイミングチャートを示し、回転フィルタ129Aの第2のフィルタセット（外周側）に対する露光期間／遮光期間（読み出し期間）と、その場合におけるCCD109に対する感度制御パルス CMD、垂直転送パルス IAG、水平転送パルス SR及びCCD出力信号10の関係を示す。また、回転フィルタの動作R2、G2、B3は、上述した回転フィルタ129Aの3つの領域R2、G2、B2にそれぞれ対応する。感度制御パルス CMD、垂直転送パルス IAG、水平転送パルス SRは、GateがON時にのみ露光時間の後の遮光期間（読み出し期間）にCCD感度制御手段112及びCCD駆動手段111から出力され、CCD109からの出力信号を得る。

【0170】つまり第8の実施の形態では、Gateは回転フィルタ129Aの動作がG2及びB2時のみにONとなり、各制御パルスが出力されCCD109出力信号が得られる。一方、回転フィルタ129Aの動作がR2のときは、GateはOFFのため、CCD109出力信号は得られないようになっている。従って、露光時間は、R2期間とG2の露光期間を合わせた期間となり、実施例7に対してほぼ3倍の長時間露光となる。また、G2の遮光部でCCD109で読み出された信号は同時化手段163aと163bの画像メモリに同一信号が出力され、B2の遮光部でCCD109で読み出された信号は同時化手段163cの画像メモリに出力される。尚、通常光モード時は、Gateは常にONとなっており、第1のフィルタセット133a、133b、133cの露光後にCCD109の読み出しを行っている。

【0171】（作用）特殊光モード時の作用を説明する。通常光モード時の作用は実施例7と同様である。

【0172】ランプ127から照射された励起光（本実施例では紫外～青色光領域）が第2フィルタセット134Aを通ることにより、本実施例ではフィルタ134aAを通った励起光のみが生体組織に間欠的に照射される。フィルタ134cは本実施例では照射されない。フィルタ134aAの照射時間は実施例7に対して概ね3倍である。CCD109では、第2フィルタセットフィルタ134aAからの励起光が生体組織に照射されている期間にCCD109で受光及び蓄積された信号電荷を、G2の遮光期間（読み出し期間）に読み出しを行い、得られた出力信号は信号処理手段114に入力される。信号処理手段114では、G2で読み出された信号が処理され、モニタ105に特殊光観察画像が表示される。

【0173】ここで、CCD109の長時間露光及びCMD増倍率を大きくした場合に、モニタ105に表示される観察画像（本実施例では自家蛍光画像）のS/N及び明るさについて説明する。

【0174】第8の実施の形態では、露光時間T'を実施例1の露光時間Tの約3倍の露光時間とする。また、CCD109のCMD増倍率を3、10倍とする。その場合に得られる板面照度とS/N及び出力値の関係を図26及び図27に示すCCD109のCMD増倍率を一定にして長時間露光（照射）を行うことにより、S/N及び出力値が向上することが分かる。そして、CMD増倍率を大きくし、かつ、長時間露光により、更にS/N及び出力値が向上することが分かる。

【0175】（効果）特殊光モード（特殊光観察）を行う場合には、微弱な被写体をCCDのCMD増倍、露光時間の延長及びAGC機能により、一般的なCCDでは撮像できな微弱な被写体像が撮像可能となる。また、S/N及び出力値の向上が図られ、良好な画質（高S/N）及び適切な明るさの観察画像を得ることができる。

【0176】ROM170から出力される情報は、通常光／特殊光モード時におけるそれぞれにおけるCCD109のCMD増倍率の値の他に、内視鏡の種類、モニタ105の明るさ情報（プロセッサ103の出力値）やCCD109のCMD増倍率の画素毎バラツキの補正データ等をプロセッサ103に伝送しても良い。

【0177】内視鏡先端に2つのCCDを配設した2CCD型にして、第1のCCDを通常光モード（通常光観察）専用、第2のCCDを特殊光モード（特殊光観察）専用にしても良い。その場合、第2のCCDは本実施例で示すCCD109を採用するが、第1の通常光モード専用CCDはCCD109または一般的なCCDを採用しても良い。

【0178】本実施の形態では、回転フィルタ1回転の内、CCD読み出しを2回行っているが、GateをR2、G2、B2の中で1回だけにしても良い。その場合、露光時間は第1の実施の形態に対して最大5倍程度まで延長できる。

【0179】回転フィルタ129Aの特殊光モードに対応したフィルタを2枚としたが、2枚に限定することなく1枚でも良い。

【0180】回転フィルタ129Aの特殊光モードに対応したフィルタは、紫外～青色領域を透過する特性を有するとしたが、紫外域のみ、または、青色域のみの特性波長を透過するフィルタとして自家蛍光撮像を行っても良い。

【0181】回転フィルタ129Aの特殊光モードに対応したフィルタの分光透過率特性は紫外～青色領域としたが、可視域の特定波長として薬剤（HpD、ポルフィリン、NPe6、ALA、m-THPC、ATX-S10、BPD-MA、ZnPC、SnET2等）を用いた

PDD (光線力学的診断) の薬剤蛍光撮像としても良い。

【0182】回転フィルタ129Aの特殊光モードに対応したフィルタの分光透過率特性は、紫外～青色領域としたが、近赤外域の特定波長として薬剤 (例えばインドシアニンググリーン誘導体標識抗体) を用いた薬剤蛍光撮像としても良い。

【0183】回転フィルタ129Aの特殊光モードに対応したフィルタの分光透過率特性は、紫外～青色領域としたが、可視域の特定波長として、その反射光の撮像を行っても良い。尚、その場合はフィルタ110は設けなくても良い。

【0184】モード切替手段135は、プロセッサ103に設けたが、内視鏡102に設けても良い。

【0185】プロセッサ103は信号処理装置104と面順次光源装置122が一体となっているが、信号処理装置104と面順次光源装置122は別体としても良い。

【0186】(第9の実施の形態) この実施の形態は、通常光観察、及び、特殊光観察はCMD増倍率を自動可変にしたものである。

【0187】実施例7ではCCDのCMD増倍率は固定値であり、CMD増倍率の調整は手動で行っていた。また、モニタの明るさを適切にするためには、AGC機能によりCCDの出力信号を電氣的に増幅して調整していた。

【0188】(構成) 図28は内視鏡装置の機略の構成を示すブロック図、図29は信号処理手段を構成するプレ信号処理手段を示すブロック図である。

【0189】図17と共通部分に関しては説明を省略する。

【0190】第7の実施例の形態で内蔵されていたAGC回路145、絞り123、絞り制御手段124は、第9の実施の形態では省かれている。

【0191】測光手段142は、1画面分のCCD109出力信号の平均値を算出し、制御手段121を介してCCD感度制御手段112に出力する。CCD感度制御手段112は、CCD109の出力信号が設定された値になるCMD増倍率に相当するパルス数が計算され、CCD109の遮光期間(読み出し期間)に同期してCCD109に計算された数のパルスを出力する。

【0192】(作用) ユーザーは、モード切替手段135を構成する例えばモード切替スイッチを操作することにより、所望のモード(通常光/特殊光モード)を選択する。面順次光源装置122Aからは、選択されたモードに対応して回転フィルタ切替機構131により回転フィルタ129が動作し、モードに対応した照明光が回転フィルタ129を介してライトガイド115の後端面入射され、生体組織に照明光が順次照射される。尚、面順次光源装置122Aには絞りは内蔵されていないため、

内視鏡102先端から照射される照明光強度は一定である。

【0193】生体組織から、通常光モード時は面順次反射光(赤、青、緑)、特殊光モード時は例えば自家蛍光のような特殊光をCCD109で撮像した映像信号は信号処理手段114Aに入力される。信号処理手段114Aでは、CCD109からの出力信号が処理され、モニタ105に観察画像が表示される。

【0194】ある明るさを持った被写体(生体組織)をCCD109で撮像すると、CCD109のCMD増倍率に応じてS/N(図22)及び出力値(図23)が得られる。測光手段142で1画面分のCCD109出力信号の平均値が算出され制御手段121を介してCCD感度制御手段112に出力される。CCD感度制御手段112では出力信号がユーザーが任意に設定したモニタ105の明るさとなるCCD109のCMD増倍率に相当するパルス数が計算され、CCD感度制御手段112からCCD109に出力される。つまり、プロセッサ103Aの出力値が設定値よりも小さい場合はCCD109のCMD増倍率は大きくなり、プロセッサ103Aの出力値が設定値よりも大きい場合はCCD109のCMD増倍率が小さくなるように自動制御される。そのため、ユーザーは、自身が任意の値に設定したモニタ105の明るさの画像を常に観察することができる。

【0195】また、特に被写体が微弱光の場合は、自動的にCCD109のCMD増倍率が大きくなるため、例えば図22からも分かるようにCMD増倍率が小さい場合に比べてCMD増倍率が大きくなるに従いS/Nが向上するため、良好な観察画像を得ることができる。

【0196】尚、プロセッサ103A出力段からの出力信号をCCD109のCMD増倍率を大きくすることにより出力信号を増幅させているため、CCD109からの出力信号を電氣的に増幅することに比べてノイズの影響が少なく、それにより更に高S/Nの画像が得られる。

【0197】(効果) 被写体の明るさに応じてCCDのCMD増倍率を自動的に制御することにより、良好な画質(高S/N)及び適切な明るさの観察画像を得ることができる。また、光源装置の構成を簡略化することができる。

【0198】なお、この実施例における追加、変形例等は、実施例7と同様である。

【0199】本実施の形態では、通常光/特殊光モード時は、モニタ105の明るさを一定にするためにCCD109のCMD増倍率を変化させたが、通常光モード時は第1の実施の形態と同様に光源の絞りを制御して生体組織への照射強度を変化させる構成にしても良い。

【0200】(第10の実施の形態) 本実施の形態は、通常光観察、及び、特殊光観察はCMD増倍率を自動可変にし、特殊光観察は+長時間露光を行うものである。

【0201】第9の実施の形態では、通常光モード（通常光観察）と特殊光モード（特殊光観察）は、同じ露光時間であった。

【0202】これに対し第10実施の形態では、特殊光モード時は、通常光モード時よりも露光時間を長くし、第9の実施の形態よりも更に高いS/Nを実現するものである。

【0203】そのため、図24に示す如く回転フィルタ（第2フィルタセット）を構成し、また特殊光モード時にCCD駆動のタイミングを図25に示す如く設定して 10

いる。

【0204】（構成）第9の実施の形態と共通である部分に関しては説明を省略する。

【0205】この実施の形態において第9の実施の形態と異なるのは、回転フィルタ129Aの構成と、特殊光モード時のCCD駆動のタイミングのみである。

【0206】（作用）特殊光モード時の作用を説明する。通常光モード時の作用は実施例9と同様である。

【0207】ランプ127から照射された励起光（本実施例では紫外～青色光領域）が、第2フィルタセット1 20 34Aを通ることにより、本実施例ではフィルタ134aAを通った励起光が生体組織に間欠的に照射される。照射時間（露光時間）は、実施例9の約3倍である。フィルタ134cは本実施例では照射されない。CCD109は、励起光が生体組織に照射されている期間に撮像した自家蛍光を受光し、蓄積された信号電荷をG2の遮光期間（読み出し期間）に読み出しを行い、得られた出力信号は信号処理手段114Aに入力される。信号処理手段114Aは、信号処理がなされ、モニタ105に特殊光観察画像が表示される。

【0208】ここで、CCD109の長時間露光及びCMD増倍率を大きくした場合の、モニタ105に表示される観察画像（本実施例では自家蛍光画像）のS/N及び明るさについて説明する。

【0209】第10の実施の形態では、露光時間T'を実施例9の露光時間Tの約3倍の露光時間とする。また、CCD109のCMD増倍率を3倍、10倍とする。その場合に得られる板面照度とS/N及び出力値の関係を第26図及び第27図に示す。

【0210】ある明るさを持った被写体（生体組織）を 40 CCD109で露光時間を延長して撮像すると、CCD109のCMD増倍率に応じて、S/N（図26）及び出力値（図27）が得られる。同じCMD増倍率で比較すると、露光時間を延長した方が、第9の実施の形態に比べてS/N及び出力値が大きいことが分かる。測光手段142で1画面分のCCD109出力信号の平均値が算出され、制御手段121を介してCCD感度制御手段112に出力され、CCD感度制御手段112では出力信号がユーザーが任意に設定した一定の明るさとなるCCD109のCMD増倍率に相当するパルス数が計算さ 50

れ、CCD感度制御手段112からCCD109に出力される。つまり、プロセッサ103Aの出力値が設定値よりも小さい場合はCCD109のCMD増倍率は大きくなり、プロセッサ103Aの出力値が設定値よりも大きい場合はCCD109のCMD増倍率が小さくなるように自動的に制御される。そのため、ユーザーが任意の値に設定したモニターの明るさの観察画像を常に観察することができる。

【0211】また、特に被写体が微弱光の場合は、自動的にCCD109のCMD増倍率が大きくなるため、例えば図26からも分かるようにCMD増倍が小さい場合に比べてCMD増倍率を大きくし、かつ、長時間露光を行った方がS/Nが大幅に向上することが分かる。

【0212】尚、プロセッサ103A出力段からの出力信号をCCD109のCMD増倍率を大きくすることにより出力信号を増幅させているため、CCD109からの出力信号を電氣的に増幅することに比べてノイズの影響が少なく、それにより更に高S/Nの画像が得られる。

【0213】（効果）特殊光モード（特殊光観察）を行う場合には、微弱光の大きさに応じてCCDのCMD増倍率を自動的に制御することにより、良好な画質（高S/N）及び適切な明るさの観察画像を得ることができる。また、露光時間の延長により更に高S/Nの観察画像を得ることが出来る。また、光源装置の構成を簡略化することができる。

【0214】この実施例の追加、変形例等は、実施例8と同じである。

【0215】本実施の形態では、通常光/特殊光モード時は、モニタ105の明るさを一定にするためにCCD109のCMD増倍率を制御させたが、通常光モード時は第1の実施の形態と同様に光源の絞りを制御して生体組織への照射強度を変化させる構成にしても良い。

【0216】なお、上述した各実施の形態等を部分的等で組み合わせる等して構成される実施の形態等も本発明に属する。

【0217】〔付記〕

1．感度が可変である固体撮像素子を有する内視鏡と、固体撮像素子からの出力信号を信号処理する信号処理装置と、被写体への照明光を照射する光源装置を有する内視鏡装置において、前記固体撮像素子の感度を制御する感度制御手段を有することを特徴とする内視鏡装置。

【0218】2．前記感度制御手段は信号処理装置内に設けられ、前記内視鏡の種類あるいは固体撮像素子毎の特性に応じて前記固体撮像素子の感度が設定されていることを特徴とする付記1記載の内視鏡装置。

【0219】3．前記固体撮像素子の感度を指定する指定手段からの信号に応じて、前記感度制御手段は前記固体撮像素子の感度を制御することを特徴とする付記1記載の内視鏡装置。

【0220】4．前記内視鏡には内視鏡の特徴を表わす情報を発生する情報発生手段が設けられ、前記情報発生手段からの情報に応じて、前記感度制御手段が制御されることを特徴とする付記1の内視鏡装置。

【0221】5．前記光源装置の動作情報に応じて、前記感度制御手段が制御されることを特徴とする付記1の内視鏡装置。

【0222】6．前記固体撮像素子の駆動条件に応じて、前記感度制御手段が制御されることを特徴とする付記1の内視鏡装置。

【0223】7．前記信号処理装置からの出力信号に応じて、前記感度制御手段が制御されることを特徴とする付記1の内視鏡装置。

【0224】8．前記内視鏡には前記固体撮像素子の感度の補正情報を発生する情報発生手段が設けられ、前記情報発生手段からの情報に基づいて、前記固体撮像素子の出力信号を補正する信号補正手段を有することを特徴とする付記1の内視鏡装置。

【0225】9．パルス状の駆動信号を供給することにより、電子の増倍動作による感度制御が可能な固体撮像素子を有し、内視鏡の特徴を表わす情報を発生させるための情報発生手段を有する内視鏡と、固体撮像素子からの出力信号を信号処理する信号処理装置と、被写体への照明光を照射する光源装置を有する内視鏡装置において、前記情報発生手段からの情報に応じて、前記固体撮像素子に供給するパルス状の駆動信号のパルス数、パルス波形の少なくとも一方を制御する駆動信号発生手段を有することを特徴とする内視鏡装置。

【0226】10．パルス状の駆動信号を供給することにより、電子の増倍動作による感度制御が可能な固体撮像素子を有する内視鏡と、固体撮像素子からの出力信号を信号処理する信号処理装置と、被写体への照明光を照射する光源装置を有する内視鏡装置において、前記内視鏡の特徴に基づいて、前記固体撮像素子に供給するパルス状の同信号のパルス数、パルス波形の少なくとも一方が設定されている駆動信号発生手段を有することを特徴とする内視鏡装置。

【0227】11．前記内視鏡の特徴とは、前記内視鏡のレンズ絞り、ライトガイド本数に基づいた情報であることを特徴とする付記9、10の内視鏡装置。

【0228】12．前記内視鏡の特徴とは、観察の用途に基づいた情報である付記9、10の内視鏡装置。

【0229】(付記1、2、3、4、9、10、11、12の背景)本文に記載。

【0230】13．パルス状の駆動信号を供給することにより、電子の増倍動作による感度制御が可能な固体撮像素子を有する内視鏡と、固体撮像素子からの出力信号を信号処理する信号処理装置と、被写体への照明光を照射する光源装置を有する内視鏡装置において、前記光源装置の動作情報に応じて、前記固体撮像素子に供給する

パルス状の駆動信号のパルス数、パルス波形の少なくとも一方を制御する駆動信号発生手段を有することを特徴とする内視鏡装置。

【0231】14．前記光源装置の動作情報は、ランプの光量に基づいた情報であることを特徴とする付記13の内視鏡装置。

【0232】15．前記光源装置の動作情報は、光源装置の絞り位置に基づいた情報であることを特徴とする付記13の内視鏡装置。

10 【0233】(付記5、13、14、15の背景)内視鏡装置では、光源装置にハロゲンランプやキセノンランプ、LEDを用いたものが使用される。ランプの種類によって光量に違いがあるため、特に光量が少ないLEDを用いた場合には適正露光量が得られず、暗い観察画像となってしまうことがあった。また、光源装置内の絞りが開ききっている状態では、被写体への照射光量が不足している状態であるから、これも暗い観察画像となってしまう。

【0234】そこで、光源の動作情報に応じて固体撮像素子の感度を制御して、適正な露光量が得られる内視鏡装置を提供することを目的とする。

【0235】16．パルス状の駆動信号を供給することにより、電子の増倍動作による感度制御が可能な固体撮像素子を配した内視鏡と、固体撮像素子からの出力信号を信号処理する信号処理装置と、被写体への照明光を照射する光源装置を有する内視鏡装置において、前記固体撮像素子の駆動条件に応じて、前記固体撮像素子に供給するパルス状の駆動信号のパルス数、パルス波形の少なくとも一方を制御する駆動信号発生手段を有することを特徴とする内視鏡装置。

【0236】17．前記固体撮像素子の駆動条件は、電子シャッター動作に基づいた情報であることを特徴とする付記16の内視鏡装置。

【0237】18．前記固体撮像素子の駆動条件は、撮像レートに基づいた情報であることを特徴とする付記16の内視鏡装置。

40 【0238】(付記6、16、17、18の背景)内視鏡装置で動きの速い被写体を観察する際や静止画を撮像する際に、固体撮像素子を電子シャッター動作している。この時は、露光量を適正にするために照射光量を増やしているが、照射光量調節のための絞りが開ききっている状態で電子シャッター動作が行われると露光量が不足し、暗い画像になってしまう。露光量不足をAGCで補うことも出来るが、ノイズが増加してしまう。

【0239】そこで、固体撮像素子の駆動状態に応じて固体撮像素子の感度を制御し、ノイズの少ない観察画像が得られる内視鏡装置を提供することを目的とする。

【0240】19．パルス状の駆動信号を供給することにより、電子の増倍動作による感度制御が可能な固体撮像素子を有する内視鏡と、固体撮像素子からの出力信号

を信号処理する信号処理回路と、被写体への照明光を照射する光源装置を有する内視鏡装置において、前記信号処理回路からの出力信号に応じて、前記固体撮像素子に供給するパルス状の駆動信号のパルス数、パルス波形の少なくとも一方を制御する駆動信号発生手段を有することを特徴とする内視鏡装置。

【0241】(付記7、19の背景)内視鏡装置の光源装置には絞羽による光量調節機構が有り、また信号処理回路にAGC(Auto Gain Control)回路が有った。

【0242】固体撮像素子の出力信号を処理する信号処理回路の出力に応じて固体撮像素子の感度を制御することで、光源装置の光量調節機構やAGCを用いずとも適正な明るさの観察画像を得る内視鏡を提供することを目的とする。

【0243】20.パルス状の駆動信号を供給することにより、電子の増倍動作による感度制御が可能な固体撮像素子を有し、前記固体撮像素子の画素毎の電子の増倍率を表わす情報を発生する情報発生手段を有する内視鏡と、固体撮像素子からの出力信号を信号処理する信号処理回路と、被写体への照明光を照射する光源装置を有する内視鏡装置において、前記情報発生手段からの情報に基づいて、前記固体撮像素子の出力信号を補正する信号補正手段を有することを特徴とする内視鏡装置。

【0244】(付記8、20の背景)固体撮像素子の電子の増倍動作は画素毎に行われるため、感度を上げた場合は画素毎の像倍率のバラツキにより画像の品位を劣化させる原因となる。

【0245】そこで、固体撮像素子の画素毎の電子の像倍率の情報をを用いて固体撮像素子出力の補正を行なうことにより、品位の良い観察画像を得る内視鏡を提供することを目的とする。

【0246】21.複数のパルス状の駆動信号を供給することにより電子増倍率を変え感度を可変可能にした固体撮像素子を有する内視鏡と、前記固体撮像素子からの出力信号を処理する信号処理装置と、前記固体撮像素子が被写体像を結像するために、被写体に光を照射する光源装置と、感度制御パルスを変えて前記固体撮像素子に供給して固体撮像素子の電子増倍率を制御する感度制御手段と、を備えたことを特徴とする内視鏡装置。

【0247】22.複数のパルス状の駆動信号を供給することにより電子増倍率を変え感度を可変可能にした固体撮像素子を有する内視鏡と、前記固体撮像素子からの出力信号を処理する信号処理装置と、白色光及び特定波長領域の特殊光を強度可変に被写体に照射する光源装置と、前記白色光による通常光モードによる観察と、前記特定波長領域の特殊光による特殊光モードによる観察とを切り換える手段と、感度制御パルスを変えて前記固体撮像素子に供給して固体撮像素子の電子増倍率を制御する感度制御手段と、を備えたことを特徴とする内視鏡

装置。

【0248】23.複数のパルス状の駆動信号を供給することにより電子増倍率を変え感度を可変可能にした固体撮像素子を有する内視鏡と、前記固体撮像素子が被写体像を結像するために、被写体に光を順次照射する面順次光源装置と、感度制御パルスを変えて前記固体撮像素子に供給して固体撮像素子の電子増倍率を制御する感度制御手段と、前記固体撮像素子からの出力信号を信号処理するブレ信号処理手段、このブレ信号処理手段から出力された面順次信号を同時化する面順次信号同時化手段、この同時化手段の出力信号を信号処理してテレビジョン信号を生成するポスト信号処理手段を有する信号処理手段と、を備えたことを特徴とする内視鏡装置。

【0249】24.前記感度制御手段は、指定手段からの指定信号、接続した内視鏡から供給され当該内視鏡の特徴を表す情報信号、前記光源装置の動作情報信号、固体撮像素子の駆動条件を示す信号、前記信号処理装置からの出力信号の少なくとも何れか一つに応じて制御されることを特徴とする請求の範囲1又は2に記載の内視鏡装置。

【0250】25.前記感度制御手段は、通常光モードによる観察と、特殊光モードによる観察とで異なった制御が行われることを特徴とする請求の範囲2に記載の内視鏡装置。

【0251】26.前記感度制御手段は、前記固体撮像素子に供給するパルス状信号のパルス数、パルス波形の少なくとも何れか一方が設定されていることを特徴とする請求の範囲1又は2に記載の内視鏡装置。

【0252】27.前記接続した内視鏡の特徴を表す情報とは、内視鏡のレンズ絞り、ライトガイド本数の少なくとも何れかであることを特徴とする請求の範囲4に記載の内視鏡装置。

【0253】28.前記光源装置の動作情報は、ランプの光量に基づいた情報、絞りに基づいた情報の少なくとも何れかであることを特徴とする請求の範囲4に記載の内視鏡装置。

【0254】29.固体撮像素子の駆動条件は、電子シャッタに基づいて情報、撮像レートに基づいた情報の少なくとも何れかであることを特徴とする請求の範囲4に記載の内視鏡装置。

【0255】30.感度制御手段は、接続した内視鏡の特徴を表す情報を、入力手段から入力した内視鏡の特徴を表す情報信号によって制御されることを特徴とする請求の範囲1又は2に記載の内視鏡装置。

【0256】31.信号処理手段は、前記固体撮像素子からの出力信号が設定値よりも低いときには信号ゲインを増幅する手段を有していることを特徴とする請求の範囲1又は2に記載の内視鏡装置。

【0257】32.感度制御手段は、信号処理装置内に設けられ、前記内視鏡の種類あるいは固体撮像素子毎の

特性に応じて前記固体撮像素子の感度が設定されていることを特徴とする請求の範囲 1 又は 2 に記載の内視鏡装置。

【0258】33．光源装置は、絞り羽による光量調節機構を有していることを特徴とする請求の範囲 1 又は 2 に記載の内視鏡装置。

【0259】34．光源装置は、面順次に光を被写体に照射するものであって、特殊光モードによる観察の際は露光時間を通常光モード時よりも長くしたことを特徴とする請求の範囲 2 に記載の内視鏡装置。

【0260】35．特殊光モードによる観察は、自家蛍光観察、薬剤蛍光観察、赤外蛍光観察、特定波長の反射光観察の少なくとも何れか一つであることを特徴とする請求の範囲 2 に記載の内視鏡装置。

【0261】36．光源装置は、特殊光モードによる観察の時には、紫外～青色領域の光を、紫外領域の光、青色領域の光、PDD 薬剤に対応した可視領域の特定波長の光、可視～近赤外域の特定波長の光、赤外蛍光に対応した近赤外領域の特定波長の光、の少なくとも何れか一つであることを特徴とする請求の範囲 2 に記載の内視鏡装置。

【0262】37．内視鏡は、面順次式であることを特徴とする請求の範囲 1 又は 2 に記載の内視鏡装置。

【0263】38．内視鏡は、先端に 2 つの固体撮像素子を内設し、その一方は通常光による撮像を行う電子増倍機能を有しない固体撮像素子であり、他方は、特殊光による撮像を行う電子増倍機能を有する固体撮像素子であることを特徴とする請求の範囲 2 に記載の内視鏡装置。

【0264】39．内視鏡は、先端に 2 つの固体撮像素子を内設し、その一方は通常光による撮像を行う固体撮像素子であり、他方は、特殊光による撮像を行う固体撮像素子であることを特徴とする請求の範囲 2 に記載の内視鏡装置。

【0265】

【発明の効果】以上説明したように本発明によれば、感度が可変である固体撮像素子を有する内視鏡と、固体撮像素子からの出力信号を信号処理する信号処理装置と、被写体への照明光を照射する光源装置を有する内視鏡装置において、前記固体撮像素子の感度を制御する感度制御手段を設けているので、内視鏡の種類によらず適正な明るさの観察画像が得られる。

【0266】この感度制御手段は感度制御パルスの振幅とパルス数で感度を自由に制御できる特徴も持ち、この感度の制御により、増倍に伴うノイズの発生もなく、冷却も不要で高感度の固体撮像素子の実現できるため、画質が良く挿入性の優れた内視鏡を実現することができる。

【0267】また、前記感度制御手段は信号処理装置内に設けられ、前記内視鏡の種類あるいは固体撮像素子毎

の特性に応じて前記固体撮像素子の感度が設定されるようにすることにより、内視鏡の種類あるいは固体撮像素子毎の特性によらず適正な明るさの観察画像が得られる。

【0268】また、前記固体撮像素子の感度を指定する指定手段からの信号に応じて、前記感度制御手段は前記固体撮像素子の感度を制御することにより、簡単に内視鏡の種類あるいは固体撮像素子毎の特性によらず適正な明るさの観察画像が得られる。

10 【図面の簡単な説明】

【図 1】本発明の第 1 の実施の形態の内視鏡装置の全体構成を示すブロック図。

【図 2】図 2 は信号処理手段を構成するプレ信号処理手段の構成を示すブロック図。

【図 3】信号処理手段を構成する面順次信号同時化手段及びポスト信号処理手段の構成を示すブロック図。

【図 4】本実施の形態に使用される各種タイプの内視鏡を示す図。

【図 5】内視鏡の用途などを示す図。

【図 6】動作説明図。

【図 7】本発明の第 2 の実施の形態の内視鏡装置の全体構成を示すブロック図。

【図 8】本発明の第 3 の実施の形態の内視鏡装置の全体構成を示すブロック図。

【図 9】本発明の第 4 の実施の形態の内視鏡装置の全体構成を示すブロック図。

【図 10】映像信号処理手段の詳細な構成を示すブロック図。

【図 11】本発明の第 5 の実施の形態の内視鏡装置の全体構成を示すブロック図。

【図 12】プレ信号処理手段の詳細な構成を示すブロック図。

【図 13】本発明の第 6 の実施の形態の内視鏡装置の全体構成を示すブロック図。

【図 14】プレ信号処理手段の詳細な構成を示すブロック図。

【図 15】CCD の詳細な構成を示す図。

【図 16】通常感度時と電子倍增動作時の動作を示す説明図。

【図 17】図 17 ないし図 23 は本発明の第 7 の実施の形態に係り、図 17 は内視鏡装置の概略の構成を示すブロック図。

【図 18】回転フィルタに設けた 2 つのフィルタセットの構成を示す説明図。

【図 19】信号処理手段を構成するプレ信号処理手段を示すブロック図。

【図 20】信号処理手段を構成する面順次同時化手段及びポスト信号処理手段を示すブロック図。

【図 21】CCD 駆動のタイミングチャート。

【図 22】CCD の板面照度と S/N の関係を示すグラ

フ。

【図 23】CCDの板面照度と出力電圧との関係を示すグラフ。

【図 24】図 24 ないし図 27 は本発明の第 8 の実施の形態に係り、図 24 は回転フィルタの構成を示し。

【図 25】CCD駆動の特殊光モード時のタイミングチャート。

【図 26】CCDの板面照度とS/Nの関係（長時間露光）を示すグラフ。

【図 27】CCDの板面照度と出力電圧の関係（長時間 10 露光）グラフ。

【図 28】図 28 及び図 29 は本発明の第 9 の実施の形態に係り、図 28 は内視鏡装置の機略の構成を示すブロック図。

【図 29】信号処理手段を構成するプレ信号処理手段を示すブロック図である。

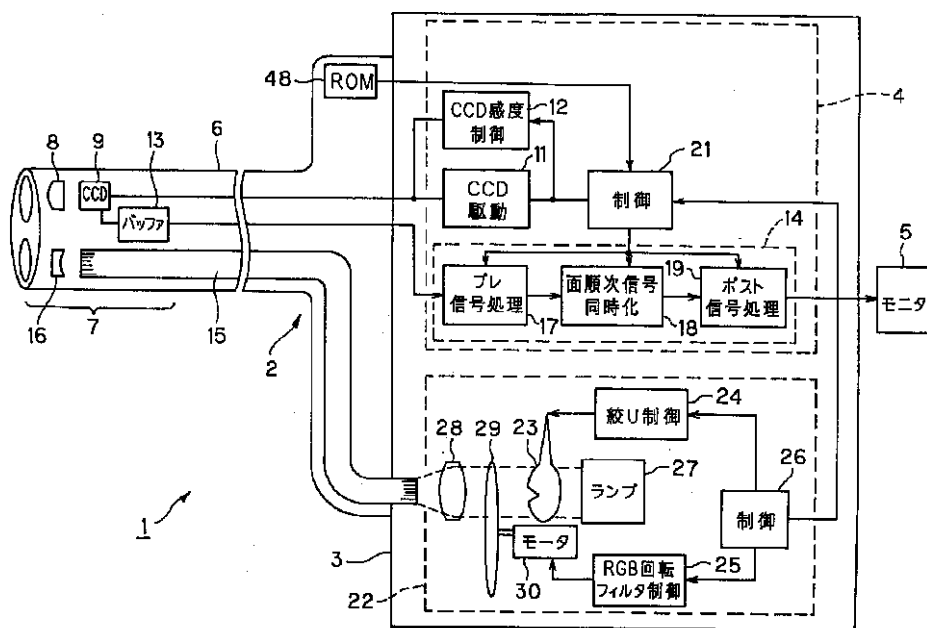
【符号の説明】

- 1 ... 内視鏡装置
- 2 ... 内視鏡（内視鏡）
- 3 ... プロセッサ
- 4 ... 信号処理装置
- 5 ... モニタ
- 6 ... 挿入部
- 7 ... 先端部
- 9 ... CCD

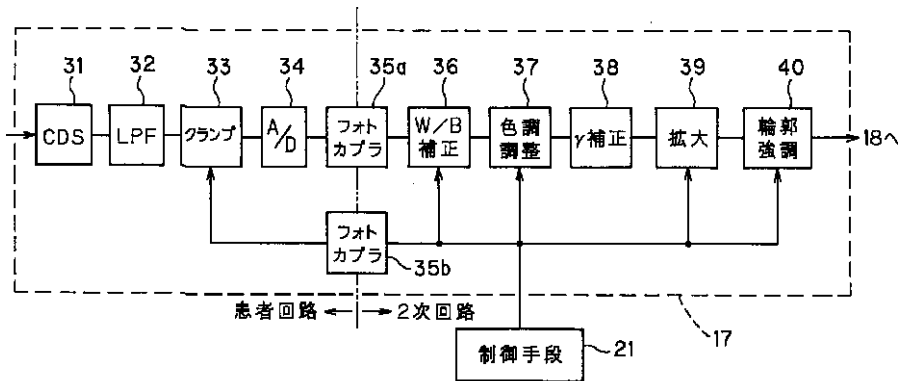
- * 11 ... CCD駆動手段
- 12 ... CCD感度制御手段
- 14 ... 映像信号処理手段
- 15 ... ライトガイド
- 17 ... プレ信号処理手段
- 18 ... 面順次信号同時化手段
- 19 ... ポスト信号処理手段
- 21 ... 制御手段
- 24 ... 絞り制御手段
- 25 ... RGB回転フィルタ制御手段
- 26 ... 制御手段
- 27 ... ランプ
- 29 ... RGB回転フィルタ
- 30 ... モータ
- 31 ... CDS回路
- 32 ... LPF
- 33 ... クランプ回路
- 35 a, 35 b ... フォトカプラ
- 36 ... ホワイトバランス補正回路
- 37 ... 色調調整回路
- 38 ... ガンマ補正回路
- 39 ... 拡大回路
- 40 ... 輪郭強調回路
- 48 ... ROM

*

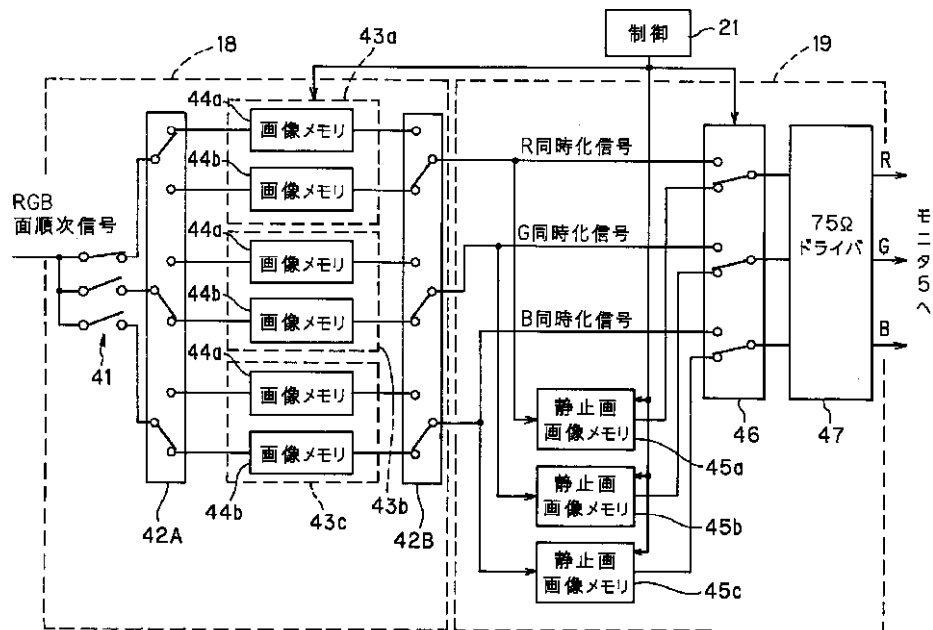
【図 1】



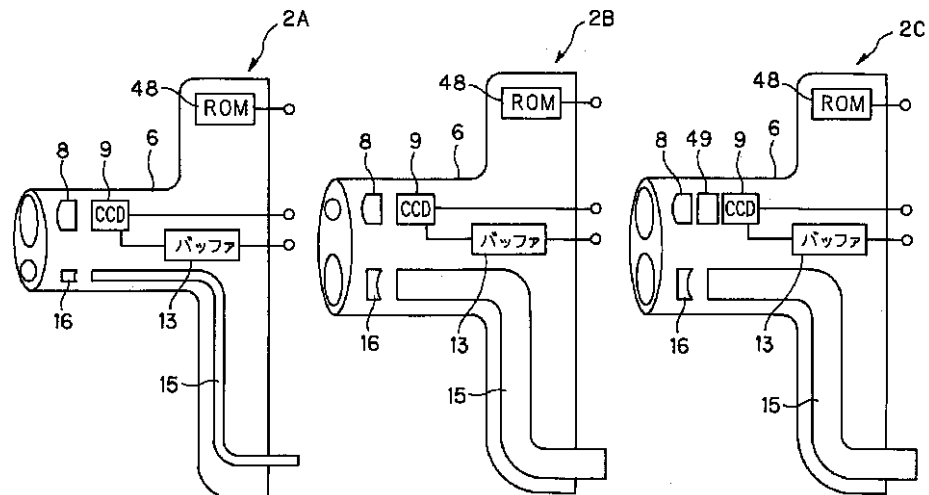
【図2】



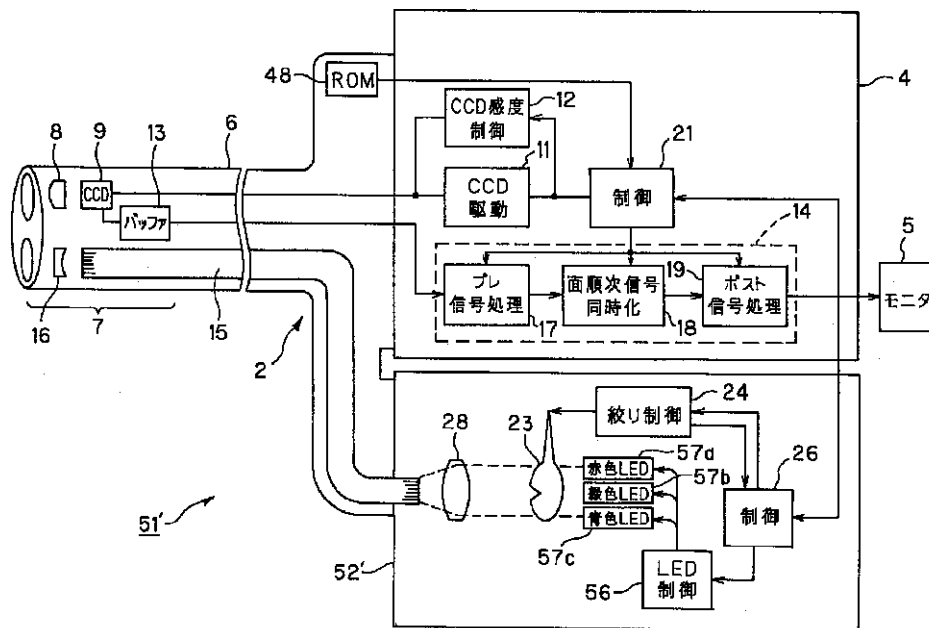
【図3】



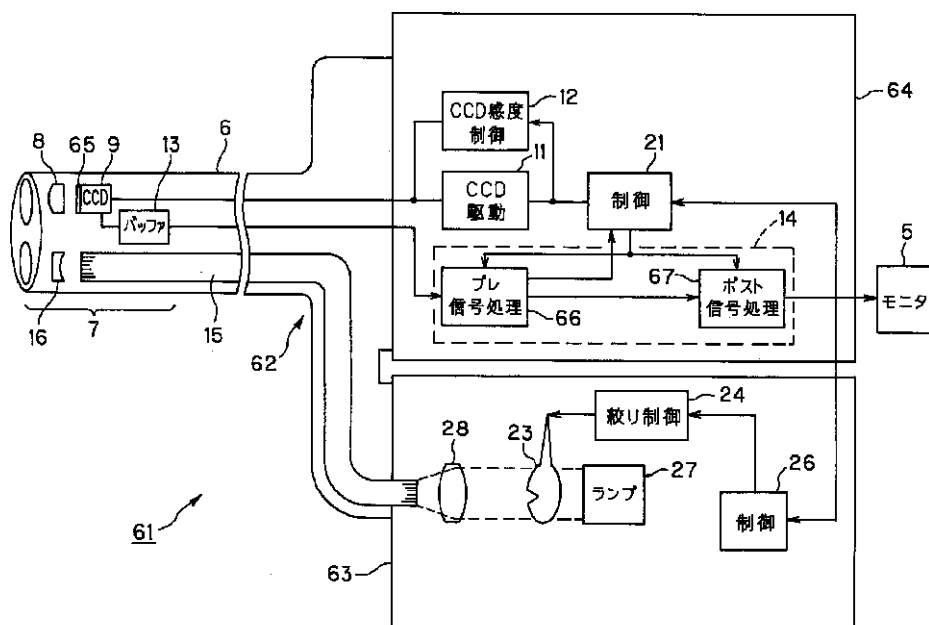
【図4】



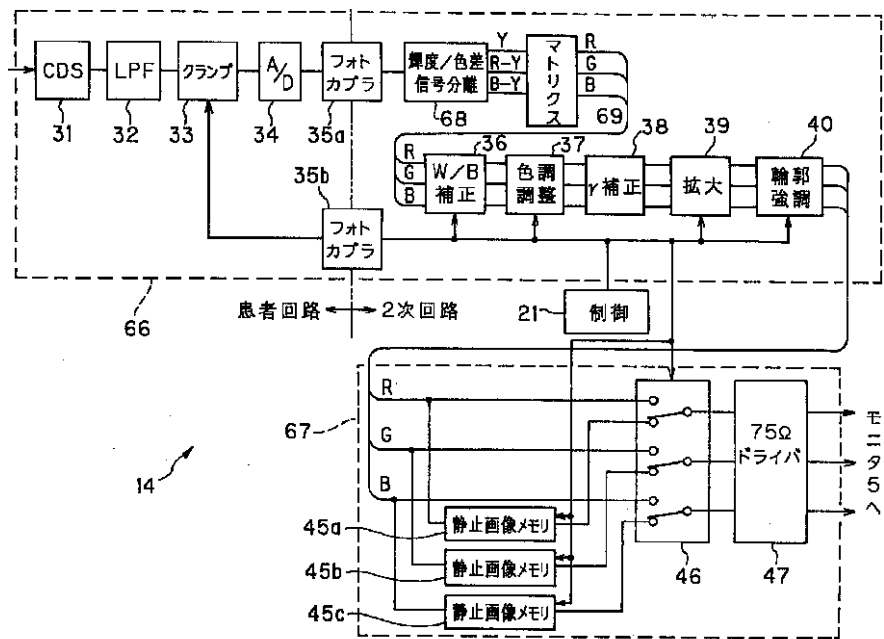
【図8】



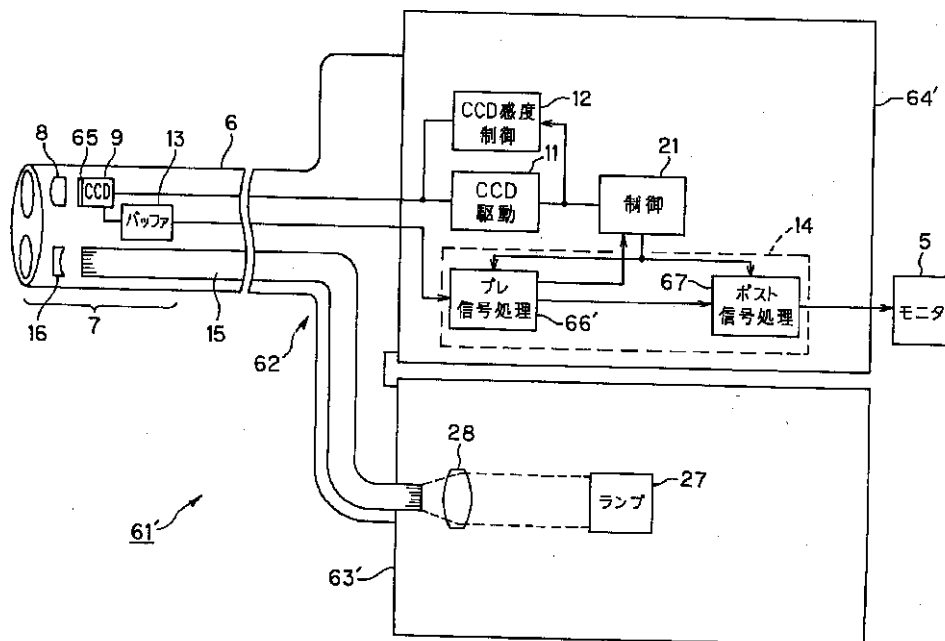
【図9】



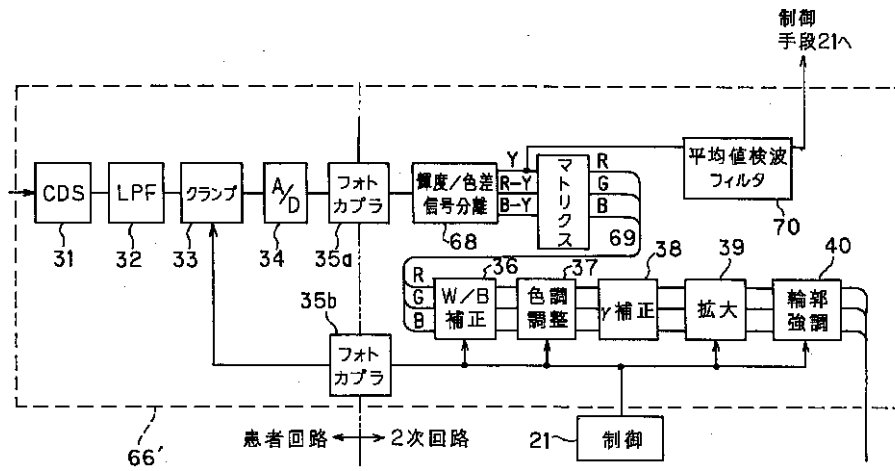
【図10】



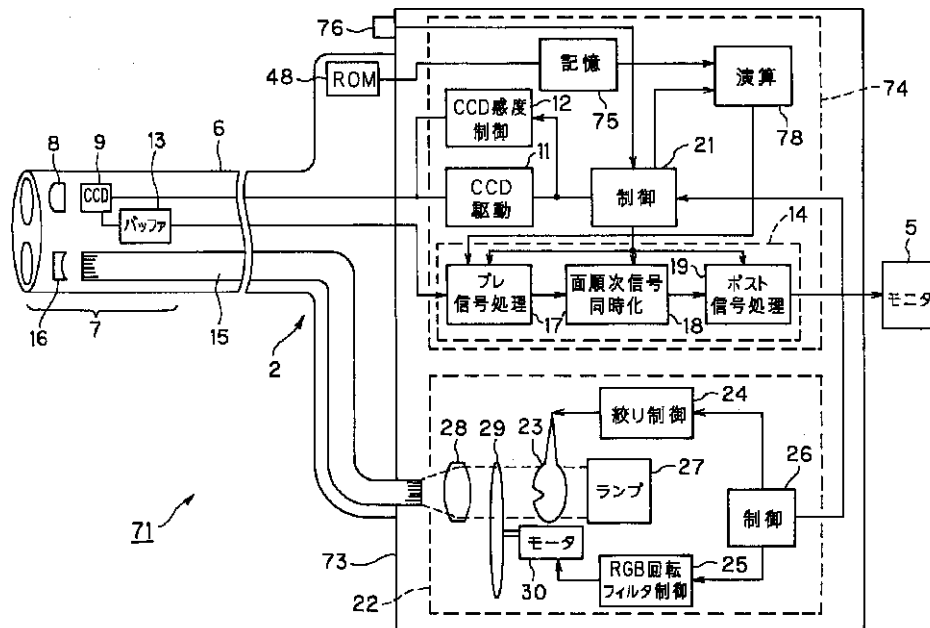
【図11】



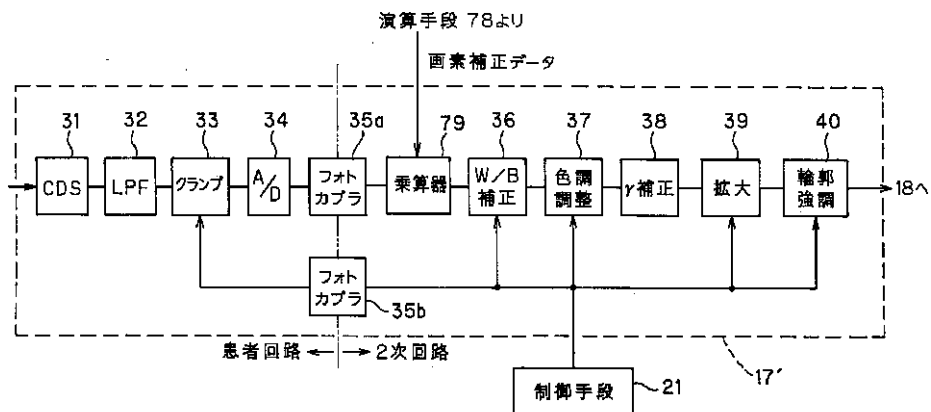
【図12】



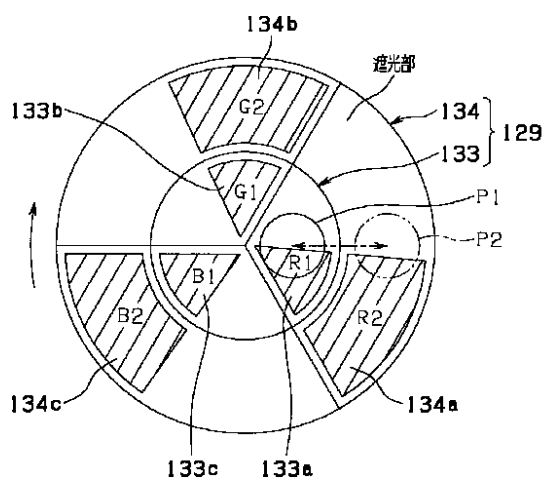
【図13】



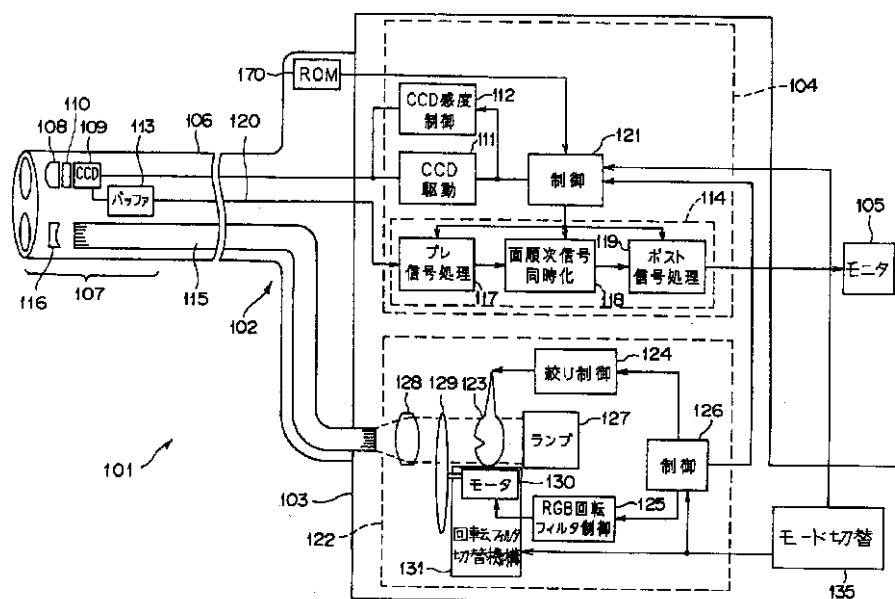
【図14】



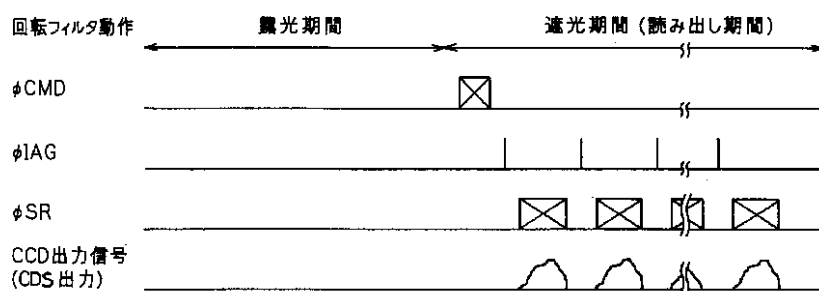
【圖 18】



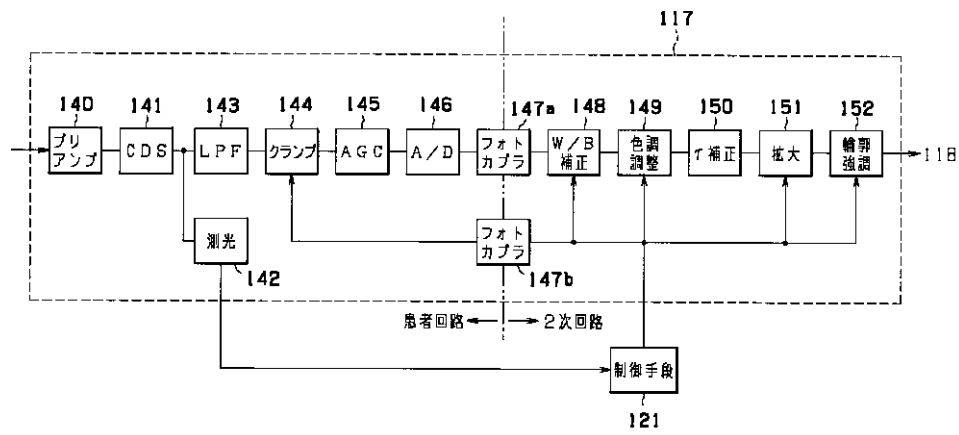
【圖 17】



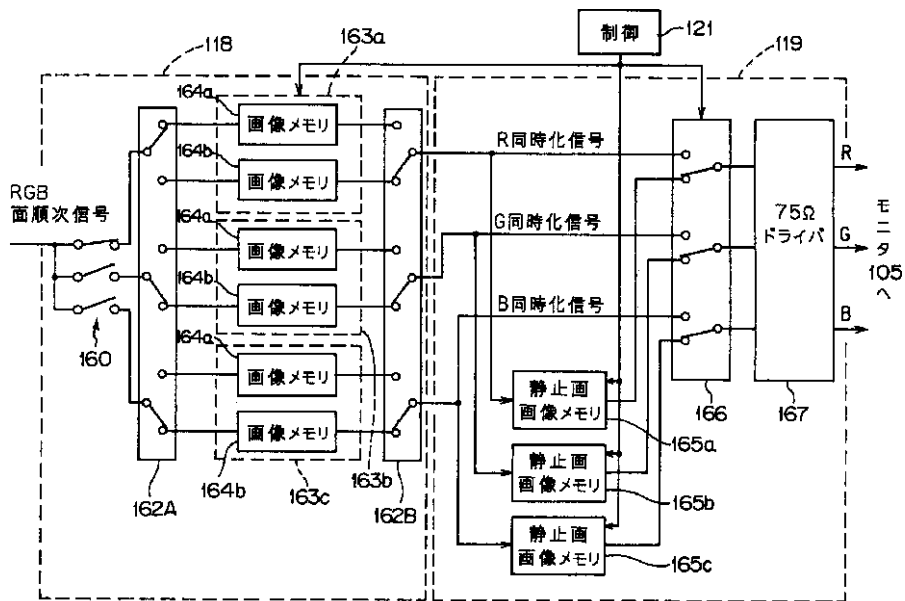
【圖 2 1】



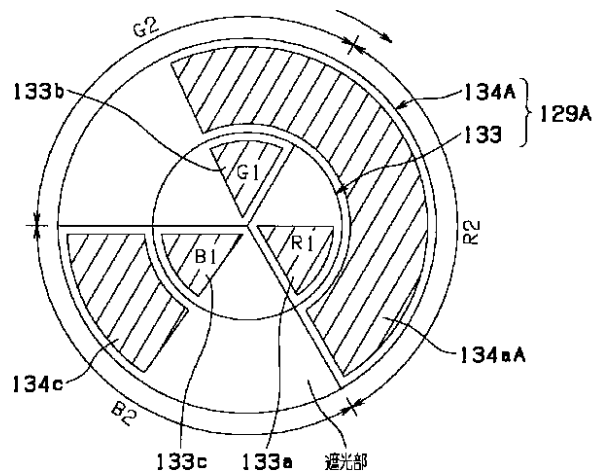
【図19】



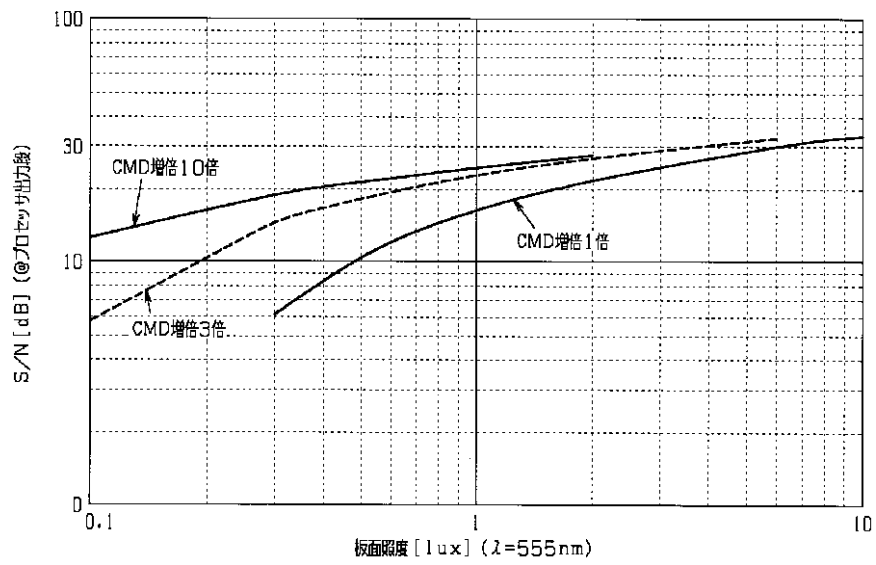
【図20】



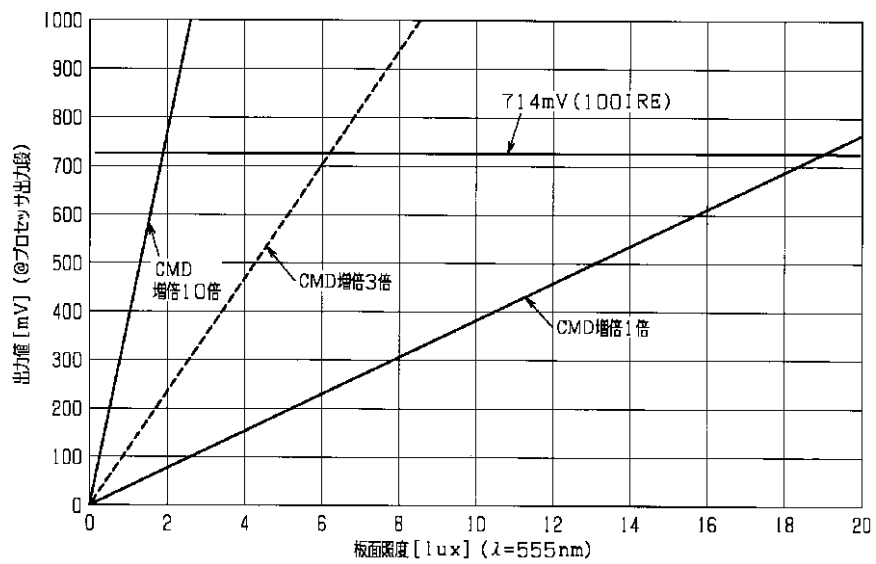
【図24】



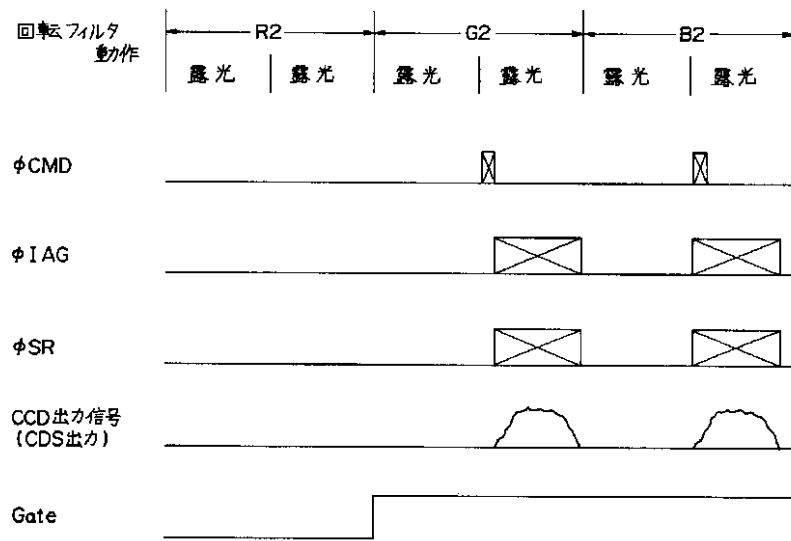
【図22】



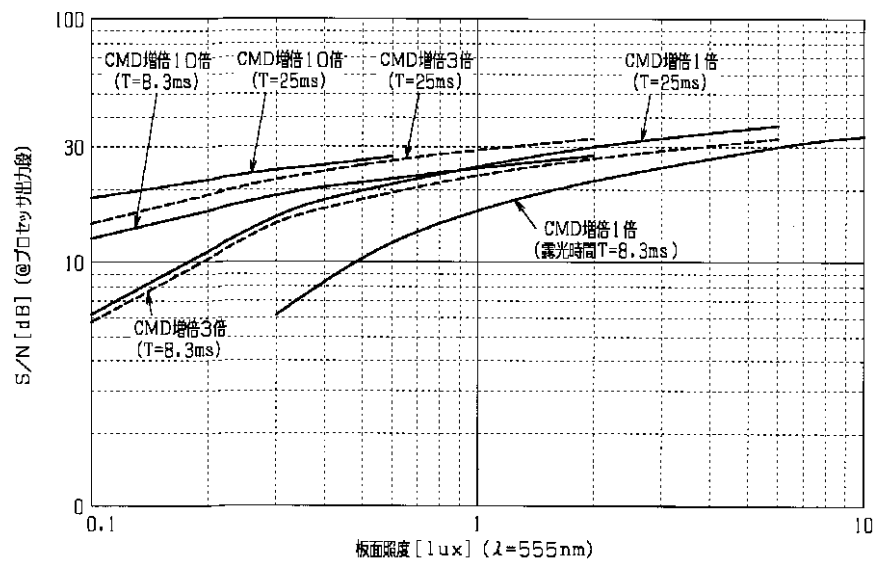
【図23】



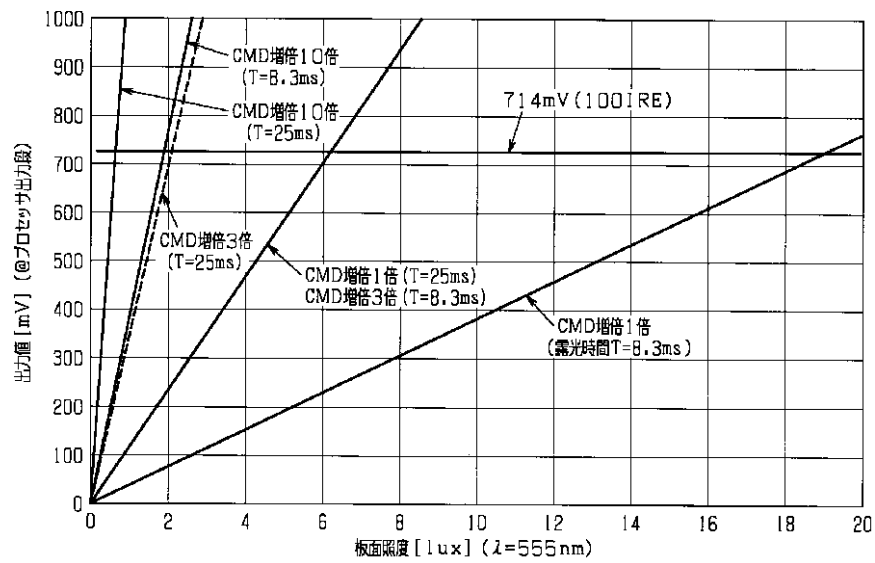
【図25】



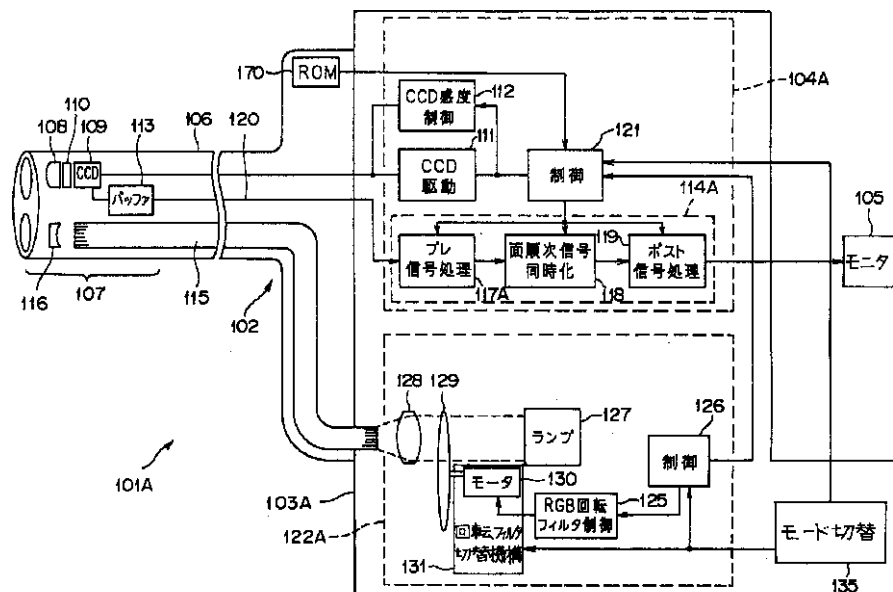
【図26】



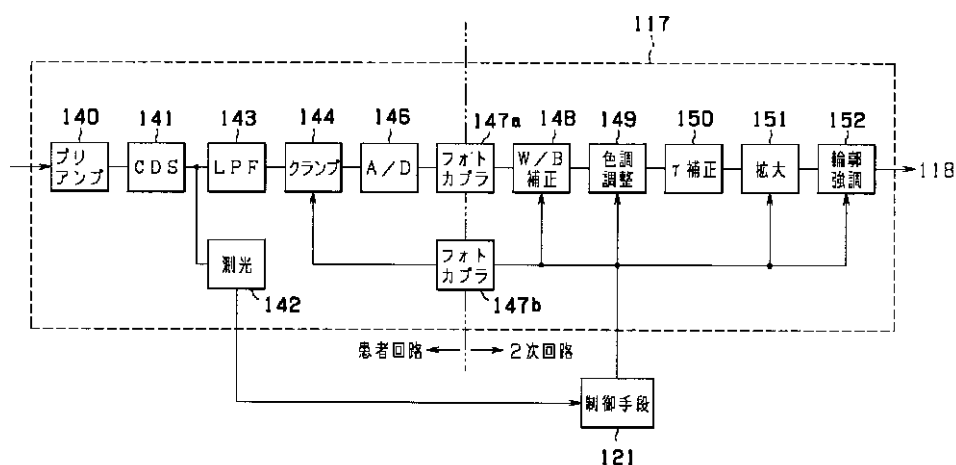
【図27】



【図28】



【図 29】



【手続補正書】

【提出日】平成12年6月7日(2000.6.7)

【手続補正1】

【補正対象書類名】明細書

【補正対象項目名】0110

【補正方法】変更

【補正内容】

【0110】前記内視鏡102は、体腔内に挿入される細長の挿入部106を有し、この挿入部106の先端部107には、被写体を結像する対物レンズ108と、この対物レンズ108の結像位置には固体撮像素子としてイメージセンサ、例えば電荷結合素子(CCDと略記)109が設けられ、このCCD109は信号線を介してプロセッサ103内の信号処理装置104に設けられたCCD駆動手段111及びCCD感動制御手段112に接続され、このCCD駆動手段111及びCCD感動制御手段112で生成された駆動信号及び感度制御信号により、露光、生成電荷の増倍及び読出制御がなされる。また、イメージセンサはCMOSセンサでもよい。CCD109の前面には、ある特定の波長領域のみを透過させるフィルタ110が配置されている。フィルタ110は、例えば生体組織から発せられる自家蛍光の波長帯域を透過させ、励起光はカット(透過しない)する分光透過率特性を有している。

【手続補正2】

【補正対象書類名】明細書

【補正対象項目名】0131

【補正方法】変更

【補正内容】

【0131】まず、通常光モード(通常光観察)を行う

場合には、回転フィルタ129は第1フィルタセット133が照明光路上に配置され、CCD109のCMD増倍率は固定値に設定される。CCD109のCMD増倍率の通常光モード用設定値(固定値)は、内視鏡102をプロセッサ103に接続時にROM170から伝送される。

【手続補正3】

【補正対象書類名】明細書

【補正対象項目名】0132

【補正方法】変更

【補正内容】

【0132】CCD感度制御手段112は、制御手段121を介してROM170から伝送されたCCD109のCMD増倍率(固定値)を受取り、通常光モード時のCMD増倍率(固定値)に対応するパルス数を計算し、CCD109の露光/遮光(読み出し期間)に同期してCCD109に計算された数のパルスを出力する。

【手続補正4】

【補正対象書類名】明細書

【補正対象項目名】0134

【補正方法】変更

【補正内容】

【0134】ランプ127から照射された照明光が第1フィルタセット133を通ることにより、R(赤)、G(緑)、B(青)の面順次照明光が生体組織に順次照射され、その反射光をCCD109で順次撮像したR、G、Bの画像信号(映像信号)は信号処理手段114に入力され、モニタ105に通常光観察画像が表示される。

フロントページの続き

(72)発明者 中村 一成
東京都渋谷区幡ヶ谷 2 丁目43番 2 号 オリ
ンパス光学工業株式会社内

(72)発明者 竹端 栄
東京都渋谷区幡ヶ谷 2 丁目43番 2 号 オリ
ンパス光学工業株式会社内

(72)発明者 今泉 克一
東京都渋谷区幡ヶ谷 2 丁目43番 2 号 オリ
ンパス光学工業株式会社内

(72)発明者 塙 隆行
東京都渋谷区幡ヶ谷 2 丁目43番 2 号 オリ
ンパス光学工業株式会社内

专利名称(译)	内视镜装置		
公开(公告)号	JP2001029313A	公开(公告)日	2001-02-06
申请号	JP2000143541	申请日	2000-05-16
[标]申请(专利权)人(译)	奥林巴斯株式会社		
申请(专利权)人(译)	オリンパス光学工業株式会社		
[标]发明人	道口信行 小松康雄 中村一成 竹端栄 今泉克一 塙隆行		
发明人	道口 信行 小松 康雄 中村 一成 竹端 栄 今泉 克一 塙 隆行		
IPC分类号	G02B23/24 A61B1/04 H04N5/225 H04N5/232		
FI分类号	A61B1/04.372 G02B23/24.B H04N5/225.C H04N5/232.Z A61B1/00.640 A61B1/045.630 A61B1/05 H04N5/225 H04N5/232		
F-TERM分类号	2H040/BA10 2H040/CA04 2H040/CA06 2H040/CA09 2H040/CA11 2H040/CA12 2H040/CA23 2H040/CA25 2H040/GA02 2H040/GA05 2H040/GA06 2H040/GA10 2H040/GA11 4C061/AA00 4C061/BB01 4C061/CC06 4C061/DD00 4C061/JJ18 4C061/LL01 4C061/MM02 4C061/NN01 4C061/NN09 4C061/PP01 4C061/PP12 4C061/RR02 4C061/RR25 4C061/SS07 4C061/TT01 4C061/TT12 4C161/AA00 4C161/BB01 4C161/CC06 4C161/DD00 4C161/JJ18 4C161/LL01 4C161/MM02 4C161/NN01 4C161/NN09 4C161/PP01 4C161/PP12 4C161/RR02 4C161/RR25 4C161/SS06 4C161/SS07 4C161/TT01 4C161/TT12 5C022/AA08 5C022/AB15 5C022/AB18 5C022/AC01 5C022/AC42 5C022/AC69 5C122/DA26 5C122/EA00 5C122/EA03 5C122/EA12 5C122/EA22 5C122/FB00 5C122/FB17 5C122/FC00 5C122/FC01 5C122/FC07 5C122/FC13 5C122/HB02 5C122/HB06 5C122/HB09		
代理人(译)	伊藤 进		
优先权	1999137730 1999-05-18 JP		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

解决的问题：提供一种内窥镜装置，无论内置有固态图像传感器的内窥镜的类型如何，都能够获得具有适当亮度的观察图像。在插入部分（6）的末端具有CCD（9）的内窥镜（2）可拆卸地连接到处理器（3），由此预先存储在ROM（48）中的信息被传送到处理器（3）中的控制装置（21），并且控制该控制装置。附图标记21通过CCD灵敏度控制装置12根据所连接的内窥镜2来控制CCD 9的灵敏度，从而无论内窥镜2的类型如何，都可以获得适当亮度的观察图像。

