

(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2006-288753

(P2006-288753A)

(43) 公開日 平成18年10月26日(2006.10.26)

(51) Int.Cl.

A61B 1/04 (2006.01)

F I

A61B 1/04 372

テーマコード(参考)

4C061

審査請求 未請求 請求項の数 5 O L (全 14 頁)

(21) 出願番号 特願2005-113923 (P2005-113923)

(22) 出願日 平成17年4月11日(2005.4.11)

(71) 出願人 304050923

オリンパスメディカルシステムズ株式会社
東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号

(74) 代理人 100076233

弁理士 伊藤 進

(72) 発明者 柳沢 聡志

東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オ
リンパスメディカルシステムズ株式会社内Fターム(参考) 4C061 AA00 BB00 CC06 DD00 LL02
MM03 NN01 SS14

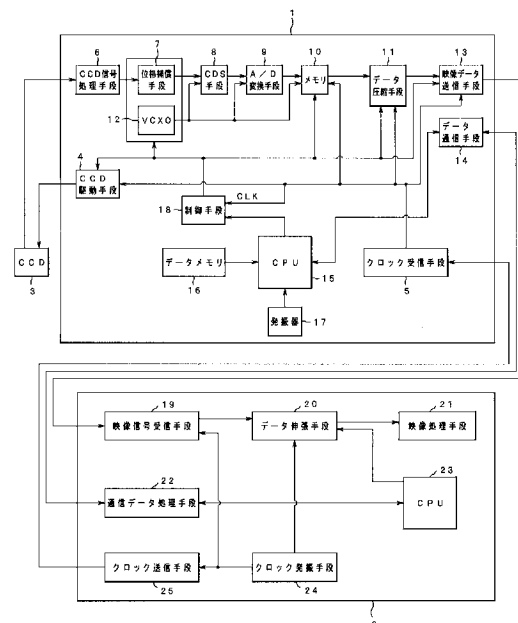
(54) 【発明の名称】 電子内視鏡装置、電子内視鏡及び電子内視鏡用プロセッサ

(57) 【要約】

【課題】高画素のCCDを使用する等、映像信号のデータ量が増加した場合にも、複雑なデータ処理機構を必要とせず、かつ、伝送時間を短時間化することができる電子内視鏡装置を提供する。

【解決手段】CCD3を配設した電子内視鏡1と、電子内視鏡1と着脱可能に接続されたプロセッサ2とを有しており、電子内視鏡1が、CCD3で撮像された映像信号をデジタル処理するデジタル処理手段9と、デジタル化した映像信号を圧縮するデータ圧縮手段11と、圧縮された映像信号をプロセッサに伝送するデータ送信手段13とを備えており、プロセッサ2が、圧縮された映像信号を受信するデータ受信手段19と、圧縮された映像信号を伸張するデータ伸張手段20とを備えている。

【選択図】図1



【特許請求の範囲】**【請求項 1】**

固体撮像素子を配設した電子内視鏡と、前記電子内視鏡と着脱可能に接続されたプロセッサとを有する電子内視鏡装置において、

前記電子内視鏡が、前記固体撮像素子で撮像された映像信号をデジタル処理するデジタル処理手段と、デジタル化した前記映像信号を圧縮するデータ圧縮手段と、圧縮された前記映像信号を前記プロセッサに伝送するデータ送信手段とを備えており、

前記プロセッサが、圧縮された前記映像信号を受信するデータ受信手段と、圧縮された前記映像信号を伸張するデータ伸張手段とを備えていることを特徴とする電子内視鏡装置。

10

【請求項 2】

前記映像信号が、前記固体撮像素子から面順次の信号として出力されており、前記データ送信手段によって前記プロセッサに伝送される圧縮された面順次の前記信号のデータ量が同量になるように、前記データ圧縮手段が、面順次の前記信号毎に前記圧縮率を可変とすることを特徴とする、請求項 1 に記載の電子内視鏡装置。

【請求項 3】

固体撮像素子を配設した電子内視鏡と、前記電子内視鏡と着脱可能に接続されたプロセッサとを有する電子内視鏡装置において、

前記電子内視鏡が、前記固体撮像素子で撮像された映像信号をデジタル処理するデジタル処理手段と、デジタル化された前記映像信号をビデオ信号に変換する映像信号変換手段と、前記ビデオ信号を所定のデータフォーマットに圧縮するデータ圧縮手段と、圧縮された前記ビデオ信号を前記プロセッサに伝送するデータ送信手段とを備えており、

前記プロセッサが、圧縮された前記ビデオ信号を受信するデータ受信手段と、圧縮された前記ビデオ信号を伸張するデータ伸張手段と、圧縮された前記ビデオ信号を格納する外部記憶手段とを備えていることを特徴とする電子内視鏡装置。

20

【請求項 4】

固体撮像素子を配設し、プロセッサに着脱可能な電子内視鏡であって、

前記固体撮像素子で撮像された映像信号をデジタル処理するデジタル処理手段と、

デジタル化した前記映像信号を圧縮するデータ圧縮手段と、

圧縮された前記映像信号を前記プロセッサに伝送するデータ送信手段とを備えていることを特徴とする電子内視鏡。

30

【請求項 5】

固体撮像素子を配設した電子内視鏡と着脱可能に接続されるプロセッサであって、

前記固体撮像素子で撮像されて得られ、デジタル化され、かつ圧縮された前記映像信号を伝送する前記電子内視鏡からの前記映像信号を受信するデータ受信手段と、

圧縮された前記映像信号を伸張するデータ伸張手段とを備えていることを特徴とする電子内視鏡装置用プロセッサ。

40

【発明の詳細な説明】**【技術分野】****【0001】**

本発明は電子内視鏡装置、電子内視鏡及び電子内視鏡用プロセッサに関し、特に電子内視鏡とプロセッサとの間で映像データを効率よく送受信するための機構を有する電子内視鏡装置、電子内視鏡及び電子内視鏡用プロセッサに関する。

【背景技術】**【0002】**

近年、医療分野等において、電子内視鏡の挿入部の先端に固体撮像素子としての電荷結合素子（ＣＣＤ）を搭載し、ＣＣＤを用いて撮像した被写体の観察像をプロセッサからモ

50

ニタに映出する電子内視鏡装置が普及している。一般に、電子内視鏡装置においては、スコープである電子内視鏡を画像処理部である外部のプロセッサに接続する構成となっているが、電子内視鏡に固有の制御や処理をプロセッサで行う煩雑さを解消するために、電子内視鏡側で主な画像処理を行う電子内視鏡装置が提案されている（例えば、特許文献１参照）。

【０００３】

特許文献１に記載された提案によれば、被写体からの反射光をＣＣＤにおいて光電変換して撮像信号を生成する。生成された撮像信号は、内視鏡装置内のＡ／Ｄ変換器でデジタル信号に変換され、各種画像処理が行われた後にプロセッサへシリアル伝送される。プロセッサでは、受信したデジタル信号をＤ／Ａ変換器でアナログ化し、モニタへ出力する。

10

【特許文献１】特開平５－２２８１１２号公報（図１）

【発明の開示】

【発明が解決しようとする課題】

【０００４】

ＣＣＤが高画素化されると電子内視鏡からプロセッサへ出力するデータ量が増加するため、データの伝送時間が長くなってしまふ。例えば、ＣＣＤの画素数が６８万画素から１００万画素に高画素化された場合、電子内視鏡からプロセッサへ出力するデータ量は約２倍になる。そこで、特許文献１に記載された提案においては、内視鏡装置からプロセッサへデジタル信号を出力する際の転送レートを上げることと、プロセッサの処理を高速化することで、処理時間の短縮を図っている。

20

【０００５】

１００万画素のＣＣＤを有する電子内視鏡からプロセッサへのデータの伝送を、６８万画素のＣＣＤを有する電子内視鏡の場合と同じ時間で完了する場合、転送レートを２倍にする必要がある。しかしながら、転送レートを大きくするためには、伝送系の周波数特性の帯域が広い特殊材料を使用しなければならなかったり、高速処理が可能なＩＣを選択しなければならなかったりするため、製品のコストが増加するという問題があった。また、電子内視鏡とプロセッサとの間のタイミング設計やデータ処理機構が複雑になってしまうという問題があった。

【０００６】

そこで、本発明においては、ＣＣＤの画素数が増加したり映像信号の量子化数が増減することによって、映像信号のデータ量が増加した場合においても、複雑なデータ処理機構を必要とせず、かつ、伝送時間を短時間化することができる電子内視鏡装置を提供することを目的とする。

30

【課題を解決するための手段】

【０００７】

本発明の電子内視鏡装置は、固体撮像素子を配設した電子内視鏡と、電子内視鏡と着脱可能に接続されたプロセッサとを有する電子内視鏡装置であって、電子内視鏡が、固体撮像素子で撮像された映像信号をデジタル処理するデジタル処理手段と、デジタル化した映像信号を圧縮するデータ圧縮手段と、圧縮された映像信号をプロセッサに伝送するデータ送信手段とを備えており、プロセッサが、圧縮された映像信号を受信するデータ受信手段と、圧縮された映像信号を伸張するデータ伸張手段とを備えている。

40

【発明の効果】

【０００８】

複雑なデータ処理機構を必要とせず、かつ、低コストで伝送時間を短時間化することができる電子内視鏡装置を実現することができる。

【発明を実施するための最良の形態】

【０００９】

以下、図面を参照して本発明の実施の形態を説明する。

【００１０】

（第１の実施の形態）

50

まず、図 1 に基づき、本発明の第 1 の実施の形態に係わる電子内視鏡装置の全体構成について説明する。図 1 は、本実施の形態に係わる電子内視鏡装置の全体構成を説明するブロック図である。図 1 に示すように、本実施の形態の電子内視鏡装置は、撮像手段を備えた電子内視鏡 1 と、電子内視鏡 1 と着脱自在に接続されたプロセッサ 2 と、電子内視鏡 1 に照明光を供給する図示しない光源装置と、プロセッサ 2 から出力されるビデオ信号を表示する、図示しないモニタとから構成されている。

【 0 0 1 1 】

体腔内に挿入される電子内視鏡 1 の先端部には、固体撮像素子として、例えば電荷結合素子 (C C D) 3 が設けられている。また、電子内視鏡 1 には、 C C D 3 を駆動させる C C D 駆動手段 4 が設けられている。 C C D 駆動手段 4 はクロック受信手段 5 と電氣的に接

10

【 0 0 1 2 】

また、電子内視鏡 1 には、 C C D 3 から出力される映像信号を処理する手段として、 C C D 信号処理手段 6 と、位相補償手段 7 と、 C D S 手段 8 と、 A / D 変換手段 9 と、メモリ 1 0 と、データ圧縮手段 1 1 とが設けられている。 C C D 3 から出力された映像信号は、 C C D 信号処理手段 6 で受信されて、必要な増幅処理やフィルタ処理が施される。 C C D 信号処理手段 6 から出力された映像信号は、位相補償手段 7 で受信されて、位相が補償される。尚、位相補償手段 7 には、プロセッサ 2 から受信するクロックと同じ周期で発振する V C X O 1 2 が設けられており、 C C D 3 から出力された映像信号に同期したクロック、すなわち位相補償されたクロックを発振する。 V C X O 1 2 から発振されたクロックは、 C D S 手段 8 と、 A / D 変換手段 9 と、メモリ 1 0 とに出力される。位相補償手段 7 から出力された映像信号は、 C D S 手段 8 で受信されて、 V C X O 1 2 から出力されたクロックを用いて相関二重サンプリングが行われる。 C D S 手段 8 から出力された映像信号は、 A / D 変換手段 9 で受信されて、 V C X O 1 2 から出力されたクロックを用いてデジタル信号に変換され、シリアル化される。 A / D 変換手段 9 から出力された、デジタル化された映像信号は、 V C X O 1 2 から出力された位相補償されたクロックに従って、メモリ 1 0 に書き込まれる。また、メモリ 1 0 はクロック受信手段 5 からクロックを受信しており、このクロックに従ってメモリ 1 0 からデータ圧縮手段 1 1 へデジタル化された映像信号が読み出される。メモリ 1 0 から出力されたデジタル化された映像信号は、 D S P

20

30

【 0 0 1 3 】

また、電子内視鏡 1 には、プロセッサ 2 との間で信号を送受信するための手段として、映像データ送信手段 1 3 と、データ通信手段 1 4 とが設けられている。更に、電子内視鏡 1 には、 C P U 1 5 と、 C P U 1 5 で実行されるプログラム等が格納されているデータメモリ 1 6 と、 C P U 1 5 を駆動させる発振器 1 7 と、電子内視鏡 1 内の各手段の動作を制御する制御手段 1 8 も設けられている。

40

【 0 0 1 4 】

データ圧縮手段 1 1 から出力された、圧縮された映像信号は、映像データ通信手段 1 3 で受信され、ドライブされてプロセッサ 2 へ出力される。データ通信手段 1 4 では、 C P U 1 5 とプロセッサ 2 との間のデータの送受信が行われる。 C P U 1 5 では、データメモリ 1 6 からプログラムや電子内視鏡 1 に固有の情報を読み出して、プログラムに記載された処理が実行される。制御手段 1 8 は、位相補償手段 7、メモリ 1 0、データ圧縮手段 1 1、及び、映像データ送信手段 1 3 と電氣的に接続されており、これらの各手段を制御する。

【 0 0 1 5 】

一方、電子内視鏡用のプロセッサ 2 には、電子内視鏡 1 から受信する映像信号を処理す

50

る手段として、映像信号受信手段 19 と、データ伸張手段 20 と、映像処理手段 21 とが設けられている。電子内視鏡 1 の映像データ送信手段 13 から出力された、圧縮された映像信号は、映像信号受信手段 19 で受信される。映像信号受信手段 19 から出力された、圧縮された映像信号は、データ伸張手段 20 で受信されて、伸張される。データ伸張手段 20 から出力された、伸張されたデジタルの映像信号は、映像処理手段 21 で受信されて、同時化处理、レート変換処理、及びフィルタ処理等の画像処理が施されたビデオ信号に変換された後、図示しないモニタへ出力される。

【0016】

また、プロセッサ 2 には、電子内視鏡 1 のデータ通信手段 14 との間でデータを送受信する、通信データ処理手段 22 も設けられている。通信データ処理手段 22 で受信された電子内視鏡 1 のデータは、CPU 23 に出力されて、必要な処理が施される。CPU 23 は、電子内視鏡 1 から受信したデータの処理の他、電子内視鏡 1 の種類を判別したり、電子内視鏡装置の全体を制御したりもする。更に、プロセッサ 2 には、クロック発振手段 24 も設けられている。クロック発振手段 24 において生成されたクロックは、クロック送信手段 25 を介して電子内視鏡 1 のクロック受信手段 5 に出力される。また、生成されたクロックは、プロセッサ 2 において電子内視鏡 1 から受信した映像データを同期処理する必要がある、映像信号受信手段 19 とデータ伸張手段 20 とにも出力される。

【0017】

上述のように構成された電子内視鏡装置の作用について説明する。電子内視鏡 1 がプロセッサ 2 に接続されて電子内視鏡装置の電源が投入されると、患者体腔内の患部等である被写体に図示しない光源装置から照明光が照射され、被写体から反射光等が発生する。被写体からの光は、電子内視鏡 1 の図示しない対物光学系によって CCD 3 の光電変換面に集光される。CCD 3 では、CCD 駆動手段 4 から受信する駆動波形に従い、集光された光が光電変換されて映像信号が生成され、CCD 信号処理手段 6 へ出力される。CCD 信号処理手段 6 で受信された映像信号は、増幅処理やフィルタ処理が施された後、位相補償手段 7 へ出力される。位相補償手段 7 では、映像信号の位相が補償され、CDS 手段 8 へ出力される。CDS 手段 8 で受信された映像信号は、位相補償手段 7 の VCXO 12 から出力されたクロックを用いて相関二重サンプリングが行われ、A/D 変換手段 9 へ出力される。A/D 変換手段 9 では、受信された映像信号が、位相補償手段 7 の VCXO 12 から出力されたクロックを用いてデジタル化され、メモリ 10 へ書き込まれる。メモリ 10 への映像信号の書き込みは、位相補償手段 7 の VCXO 12 から出力された、位相補償されたクロックに従って行われる。メモリ 10 に格納された映像信号は、クロック通信手段 5 から出力されたクロックに従って、データ圧縮手段 11 へ読み出される。

【0018】

プロセッサ 2 はリアルタイムで映像を表示させるために、限られた時間内に電子内視鏡 1 から映像信号を受信して画像処理する必要がある。A/D 変換手段 9 でデジタル化された映像信号は、CCD 3 の画素数によって 1 画面分のデータ数が異なり、画素数が多くなるほどデータ数も多くなる。つまり、CCD 3 の画素数が多くなると、電子内視鏡 1 からプロセッサ 2 へ伝送するデータ量が増加し、限られた時間内で伝送を完了させるためには、転送レートを大きくするか、または伝送するデータ量を減らす必要がある。本実施の形態においては、データ圧縮手段 11 で映像信号を圧縮することで、電子内視鏡 1 からプロセッサ 2 へ伝送するデータ量を減少させる。CCD 3 の画素数、駆動周波数、映像信号の転送レートによって、電子内視鏡 1 毎に固有の圧縮率が決められており、この圧縮率に従ってデータ圧縮手段 11 で映像信号が圧縮される。使用される圧縮率は、予めデータ圧縮手段 11 に書き込まれているか、もしくは、CPU 15 がデータメモリ 16 に格納されている圧縮率を読み出してデータ圧縮手段 11 に設定するか、何れかの方法によって設定される。

【0019】

ここで、具体的な圧縮率の導出方法について、例をあげて説明する。ビデオ信号における 1 フィールドである 60 Hz 以内、すなわち 16666.7 μ s 以内に電子内視鏡 1 が

10

20

30

40

50

らプロセッサ2へ映像信号の伝送を完了させる必要があるとする。画素数が1万画素(=100×100画素)、駆動周波数及び伝送周波数が40MHz、ビット幅が12bitのCCD3の場合、転送レートは480Mbpsである。このCCD3で1画面分(1V)の映像信号をプロセッサ2へ伝送するのに要する時間は3000μsとなるため、1フィールド以内に伝送を完了させることができる。従って、このCCD3の場合はデータ圧縮手段11で映像信号を圧縮する必要はない。一方、画素数が100万画素(=1000×1000画素)、駆動周波数及び伝送周波数が100MHz、ビット幅が12bitのCCD3の場合、転送レートは1200Mbpsである。このCCD3で1画面分(1V)の映像信号をプロセッサ2へ伝送するのに要する時間は120000μsとなるため、1フィールド以内に伝送を完了させることができない。従って、このCCD3の場合は、1フィールド以内に映像信号の伝送を完了させるためには、データ圧縮手段11で映像信号を1/10程度に圧縮する必要がある。尚、伝送周波数を10倍しても、1フィールド以内に映像信号の伝送を完了させることができる。しかしながら、伝送周波数を高周波数化する場合、CCD3の駆動周波数と異なる発振器を追加したり、高速メモリを追加したりする必要があるため、構成が複雑になってしまう。また、非常に高速な周波数であるため、基板設計を含めたIC間のタイミング設計が難しくなってしまう。更には、電子内視鏡1とプロセッサ2との間の伝送路の周波数特性を確保することも困難になってしまう。従って、伝送周波数を高周波数化するよりも、映像信号を圧縮して伝送するデータ量を減らすほうが、構成を簡略化することができ、かつ、低コスト化を図ることができる。

10

【0020】

20

データ圧縮手段11では、上述のようにして導出され設定された圧縮率を用いて、映像信号が圧縮される。尚、データ圧縮手段11に設定される圧縮率は1つに限られるものではなく、複数の圧縮率を設定してもよい。複数の圧縮率が設定可能とされている場合、プロセッサ2を通じ、1つ、もしくは複数の圧縮率を任意に選択することができるように構成する。この場合、プロセッサ2から電子内視鏡1に対して、圧縮率、もしくは選択した圧縮率に関する情報信号を出力することで、選択した圧縮率をデータ圧縮手段11に設定する。圧縮率を設定するタイミングは、電子内視鏡装置の電源投入時でもよいし、電子内視鏡1とプロセッサ2とを接続した時点でもよい。または、ユーザが任意の時点で設定してもよい。更に、電子内視鏡1に登録されている装置固有の圧縮率そのものも、自動的に、あるいはユーザの操作によって変更してもよい。

30

【0021】

データ圧縮手段11で圧縮された映像信号は、映像データ送信手段13へ出力され、リアルタイムにプロセッサ2の映像信号受信手段19へ伝送される。映像信号受信手段19で受信された圧縮された映像信号は、フィルタリング処理やバッファリング処理が施された後、データ伸張手段20へ出力される。ここで、プロセッサ2の通信データ処理手段22は、データ通信手段14を介して電子内視鏡1の情報を取得しており、取得した情報はCPU23に出力される。CPU23では、取得した情報から電子内視鏡1の種類が識別される。更にCPU23は、取得した電子内視鏡1の情報と、識別した電子内視鏡1の種類とを基に、映像信号の伸張率あるいは伸張方法をデータ伸張手段20に設定する。データ伸張手段20では、圧縮された映像信号が、設定された伸張率、伸張方法を用いて伸張され、映像処理手段21へ出力される。映像処理手段21で受信された映像信号は、同時化処理や輪郭強調処理等の画像処理が施されてビデオ信号に変換され、図示しないモニタへ出力される。

40

【0022】

このように、本実施の形態の電子内視鏡装置では、CCD3の高画素化等により伝送時間が長時間化されることを防ぐために、データ圧縮手段11で映像信号を圧縮してデータ量を削減してから電子内視鏡1からプロセッサ2へ伝送し、プロセッサ2で受信した映像信号を伸張する。圧縮処理や伸張処理を含む、電子内視鏡1とプロセッサ2とで実行される映像信号に対する一連の処理は、全て同じ周期のクロックで行われるため、各手段における映像信号の遅延時間はクロック数だけとなり、高速なクロックを必要としない。また

50

、伝送周波数を高周波数化する必要がないため、広域周波数を確保するような特別な伝送路を必要しない。よって、複数の発振器を設けたり、高速メモリを追加したり、特別な伝送路を設計したりする必要がなく、単純なデータ処理機構、かつ低コストで伝送時間を短時間化できる電子内視鏡装置を実現することができる。

【0023】

(第2の実施の形態)

次に、本発明の第2の実施の形態について、図2を用いて説明する。図2は、第2の実施の形態に係わる電子内視鏡装置の全体構成を説明するブロック図である。尚、図2において、第1の実施の形態の電子内視鏡装置と同じ構成には同じ符号を付して、説明を省略する。

10

【0024】

図2に示すように、本実施の形態の電子内視鏡装置は、撮像手段を備えた電子内視鏡31と、電子内視鏡31と着脱自在に接続されたプロセッサ32と、電子内視鏡31に照明光を供給する図示しない光源装置と、プロセッサ32から出力される映像信号を表示する、図示しないモニタとから構成されている。

【0025】

体腔内に挿入される電子内視鏡31の先端部には、固体撮像素子として、例えば電荷結合素子(CCD)33が設けられている。CCD駆動手段4により駆動されるCCD33は、映像信号を出力する信号線であるチャンネルを複数有しており、例えば本実施の形態の電子内視鏡装置では、第1チャンネルと第2チャンネルとの2つのチャンネルを有して

20

【0026】

電子内視鏡31には、CCD33の第1チャンネルから出力される映像信号を処理する手段として、CCD信号処理手段6と、VCO12を備えた位相補償手段7と、CDS手段8と、A/D変換手段9と、メモリ10と、データ圧縮手段11とが設けられている。また、CCD33の第2チャンネルから出力される映像信号を処理する手段として、CCD信号処理手段6aと、VCO12aを備えた位相補償手段7aと、CDS手段8aと、A/D変換手段9aと、メモリ10aと、データ圧縮手段11aとが設けられている。更に、電子内視鏡31には、データ圧縮手段11から出力される圧縮された第1チャンネルの映像信号を、プロセッサ32へ出力する映像データ通信手段13と、データ圧縮手段11aから出力される圧縮された第2チャンネルの映像信号を、プロセッサ32へ出力する映像データ通信手段13aとが設けられている。

30

【0027】

一方、プロセッサ32には、電子内視鏡31から第1チャンネルの映像信号を受信して処理する手段として、映像信号受信手段19と、データ伸張手段20と、映像処理手段21とが設けられている。映像データ通信手段13から出力された、圧縮された第1チャンネルの映像信号は、映像信号受信手段19で受信され、データ伸張手段20で伸張された後に映像処理手段21へ出力される。また、プロセッサ32には、電子内視鏡31から第2チャンネルの映像信号を受信して処理する手段として、映像信号受信手段19aと、データ伸張手段20aと、映像処理手段21とが設けられている。映像データ通信手段13aから出力された、圧縮された第2チャンネルの映像信号は、映像信号受信手段19aで受信され、データ伸張手段20aで伸張された後に映像処理手段21へ出力される。映像処理手段21では、データ伸張手段20から受信した第1チャンネルの映像信号と、データ伸張手段20aから受信した第2チャンネルの映像信号とが、1つの映像信号として合成され、同時化处理、レート変換処理、及びフィルタ処理等の画像処理が施されてビデオ信号に変換された後、図示しないモニタへ出力される。

40

【0028】

上述のように構成された電子内視鏡装置の作用について説明する。電子内視鏡31がプロセッサ32に接続されて電子内視鏡装置の電源が投入されると、患者体腔内の患部等である被写体に図示しない光源装置から照明光が照射され、被写体から反射光等が発生する

50

。被写体からの光は、電子内視鏡 3 1 の図示しない対物光学系によって C C D 3 3 の光電変換面に集光される。C C D 3 3 では、C C D 駆動手段 4 から受信する駆動波形に従い、集光された光が光電変換されて映像信号が生成される。生成された映像信号のうち、奇数ラインの映像信号は C C D 3 3 の第 1 チャンネルから C C D 信号処理手段 6 へ出力され、偶数ラインの映像信号は C C D 3 3 の第 2 チャンネルから C C D 信号処理手段 6 a へ出力される。C C D 信号処理手段 6 へ出力された奇数ラインの映像信号は、位相補償手段 7、C D S 手段 8、A / D 変換手段 9、メモリ 1 0 において、順次、第 1 の実施の形態と同様の信号処理が施された後、データ圧縮手段 1 1 において設定された圧縮率で圧縮される。C C D 信号処理手段 6 a へ出力された偶数ラインの映像信号は、位相補償手段 7 a、C D S 手段 8 a、A / D 変換手段 9 a、メモリ 1 0 a において、順次、奇数ラインの映像信号と同様の信号処理が施された後、データ圧縮手段 1 1 a において設定された圧縮率で圧縮される。データ圧縮手段 1 1 において圧縮された奇数ラインの映像データは、映像データ通信手段 1 3 を介してプロセッサ 3 2 の映像信号受信手段 1 9 へ、シリアルに伝送される。また、データ圧縮手段 1 1 a において圧縮された偶数ラインの映像データは、映像データ通信手段 1 3 a を介してプロセッサ 3 2 の映像信号受信手段 1 9 a へ、シリアルに伝送される。

10

【 0 0 2 9 】

第 1 の実施の形態において圧縮率の導出方法を具体的に説明した際に用いた諸条件と同じ条件、すなわち、ビデオ信号における 1 フィールドである 6 0 H z 以内、すなわち 1 6 6 6 6 . 7 μ s 以内に電子内視鏡 3 1 からプロセッサ 3 2 へ映像信号の伝送を完了させる必要があり、データ圧縮手段 1 1、1 1 a で用いられる圧縮率が 1 / 1 0、C C D 3 3 の画素数が 1 0 0 万画素 (= 1 0 0 0 \times 1 0 0 0 画素)、ビット幅が 1 2 b i t であるとする。この場合、伝送周波数が 5 0 M H z あれば、映像信号の伝送時間は 1 2 0 0 0 μ s (= (1 / 1 0) \times (1 0 0 0 \times 1 0 0 0 画素) \times 1 2 b i t / (5 0 M H z \times 2 チャンネル)) となり、1 フィールド以内に伝送を完了させることができる。このときの転送レートは 6 0 0 M b p s (= 5 0 M H z \times 1 2 b i t) であり、第 1 の実施の形態の電子内視鏡装置における転送レート (1 2 0 0 M b p s) の半分となる。転送レートを小さくすることで、電子内視鏡 3 1 とプロセッサ 3 2 との間のデータ転送が容易となる。また、電子内視鏡 3 1 とプロセッサ 3 2 とがワイヤレスで信号を送受信している場合、伝送周波数の帯域を低く押さえられることで、映像信号の伝送方式の選択幅を広げることができる。

20

30

【 0 0 3 0 】

映像信号受信手段 1 9 で受信された、圧縮された奇数ラインの映像信号は、フィルタリング処理やバッファリング処理が施された後、データ伸張手段 2 0 へ出力される。データ伸張手段 2 0 では、圧縮された映像信号が、電子内視鏡 3 1 の情報を基に設定された伸張率、伸張方法を用いて伸張され、映像処理手段 2 1 へ出力される。また、映像信号受信手段 1 9 a で受信された、圧縮された偶数ラインの映像信号は、フィルタリング処理やバッファリング処理が施された後、データ伸張手段 2 0 a へ出力される。データ伸張手段 2 0 a では、圧縮された映像信号が、電子内視鏡 3 1 の情報を基に設定された伸張率、伸張方法を用いて伸張され、映像処理手段 2 1 へ出力される。映像処理手段 2 1 で受信された、奇数ラインの映像信号と、偶数ラインの映像信号とは、1 つの映像信号として合成され、同時化処理や輪郭強調処理等の画像処理が施されてビデオ信号に変換され、図示しないモニタへ出力される。

40

【 0 0 3 1 】

このように、本実施の形態の電子内視鏡装置では、C C D 3 3 からの映像信号の読み出しチャンネルを複数設け、チャンネル毎に映像信号を圧縮してから伝送することで、電子内視鏡 3 1 からプロセッサ 3 2 への伝送周波数を更に低く抑えることができ、映像信号の伝送方式の自由度を向上させることができる。また、転送レートも更に小さくすることができるため、電子内視鏡 3 1 からプロセッサ 3 2 への映像信号の伝送がより容易になる。

【 0 0 3 2 】

(第 3 の実施の形態)

50

次に、本発明の第3実施の形態について、図3を用いて説明する。図3は、第3の実施の形態に係わる電子内視鏡装置の全体構成を説明するブロック図である。尚、図3において、第1の実施の形態の電子内視鏡装置と同じ構成には同じ符号を付して、説明を省略する。

【0033】

図3に示すように、本実施の形態の電子内視鏡装置は、撮像手段を備えた電子内視鏡1と、電子内視鏡1と着脱自在に接続されたプロセッサ2と、電子内視鏡1に照明光を供給する光源装置41と、プロセッサ2から出力される映像信号を表示する、図示しないモニタとから構成されている。

【0034】

面順次の照明光を射出する光源装置41の一側端面にはライトガイド42が延設されている。ライトガイド42は、電子内視鏡1の内部を挿通され、電子内視鏡1先端部まで照明光を伝達させる。また、光源装置41には、照明光を発生するランプ43と、照明光の光量を調整する絞りユニット44と、照明光を赤(R)、緑(G)、青(B)の三原色の色透過フィルタを有するRGB回転フィルタ45と、照明光をライトガイド42の基端面に集光する集光レンズ46とが設けられている。絞りユニット44は照明光の光路上に配置されており、同じく光源装置41に設けられた絞りユニット制御手段47によって動作を制御される。絞りユニット44は、絞りユニット制御手段47によって、プロセッサ2と接続された図示しないモニタに適度な明るさの画像が表示されるよう、照明光の光量が調光される。RGB回転フィルタ45は、赤色の光を透過させるRフィルタと、緑色の光を透過させるGフィルタと、青色の光を透過させるBフィルタとを有しており、絞りユニット44と集光レンズ46との間に配置され、モータ48の回転軸に回転可能に接続されている。RGB回転フィルタ45では、Rフィルタ、Gフィルタ、Bフィルタによって照明光がフィルタリングされて、R、G、B、の各波長の光が面順次に出射される。尚、RGB回転フィルタ45は、被写体の性質や観察の目的等に応じ、R、G、B以外の波長の光を透過させるフィルタで構成してもよく、例えば、蛍光観察用として、被写体から蛍光を励起させるための励起光を透過させるフィルタ等で構成してもよい。更に、光源装置41には、光源装置41の各部位を制御する制御手段49と、制御手段49から受信する制御信号に従い、モータ48を所定の速度で回転動作させるRGB回転フィルタ制御手段50とも設けられている。制御手段49では、光源装置41からRGBの面順次光が出射される順番を示す制御信号、あるいはRGBの面順次光の出射サイクルの先頭を示す制御信号が生成され、制御信号はプロセッサ2のCPU23と映像処理手段21とに出力される。CPU23で受信されたRGBの面順次光に関する制御信号は、通信データ処理手段22、データ通信手段14、CPU15を経由して、電子内視鏡1の制御手段18へ出力される。

【0035】

電子内視鏡1の構成は、次にあげる二点を除けば第1の実施の形態の電子内視鏡1と同様の構成であるので、同じ構成については説明を省略する。第1の実施の形態の電子内視鏡1と異なる第一点目は、データ圧縮手段11において映像信号の圧縮に用いられる圧縮率が、Rフィルタにより透過された赤色光によって撮像されたR信号と、Gフィルタにより透過された緑色光によって撮像されたG信号と、Bフィルタにより透過された青色光によって撮像されたB信号とで異なる値の圧縮率が設定できるようになされている点である。第1の実施の形態の電子内視鏡1と異なる第二点目は、制御手段18において、CPU23、通信データ処理手段22、データ通信手段14、CPU15を介し、光源装置41の制御手段49から出力されるRGBの面順次光に関する制御信号が受信される点である。

【0036】

プロセッサ2の構成は、CPU23と映像処理手段21において、光源装置41の制御手段49から出力されるRGBの面順次光に関する制御信号が受信される点を除けば、第1の実施の形態の電子内視鏡1と同様の構成であるので、同じ構成については説明を省略

10

20

30

40

50

する。

【 0 0 3 7 】

上述のように構成された電子内視鏡装置の作用について説明する。電子内視鏡 1 がプロセッサ 2 に接続されて電子内視鏡装置の電源が投入されると、患者体腔内の患部等である被写体に光源装置 4 1 から R、G、B の面順次の照明光が照射され、それぞれの光によって被写体から反射光等が発生する。被写体からの光は、電子内視鏡 1 の図示しない対物光学系によって CCD 3 の光電変換面に集光される。CCD 3 では、CCD 駆動手段 4 から受信する駆動波形に従い、集光された光が光電変換されて映像信号が生成される。ここで、CCD 3 では、赤色 (R) の照明光による被写体からの光は R 信号に、緑色 (G) の照明光による被写体からの光は G 信号に、青色 (B) の照明光による被写体からの光は B 信号に、それぞれ光電変換され、R 信号と G 信号と B 信号とが CCD 信号処理手段 6 ヘシリアルに出力される。CCD 信号処理手段 6 ヘ出力された R、G、B 信号は、位相補償手段 7、CDS 手段 8、A/D 変換手段 9、メモリ 10 において、順次、第 1 の実施の形態と同様の信号処理が施された後、データ圧縮手段 1 1 において設定された圧縮率でそれぞれ圧縮される。

10

【 0 0 3 8 】

データ圧縮手段 1 1 では、R 信号に対する圧縮率と、G 信号に対する圧縮率と、B 信号に対する圧縮率とが個別に設定されている。圧縮率を各色信号で個別に設定する理由は次の通りである。体腔内では、赤色や緑色の成分に比べて青色の成分が非常に少なく、赤色の成分が極端に多いことが知られている。従って、B 信号のデータ量は他の色信号のデータ量に比べて少なくなり、R 信号のデータ量は他の色信号のデータ量に比べて多くなる。電子内視鏡 1 からプロセッサ 2 ヘ映像信号を伝送するときの転送レートは、色信号によらず固定であるため、伝送に要する時間は各色信号のデータ量に依存する。ここでプロセッサ 2 では、各色信号の伝送時間が等しくなされていると、構成や制御を簡単にすることができ、電子内視鏡 1 からプロセッサ 2 ヘ伝送する各色信号のデータ量が同量になるように、各色信号の圧縮率を設定する。例えば、電子内視鏡 1 からプロセッサ 2 ヘ、ビデオ信号における 1 フィールドである 60 Hz、すなわち 16666.7 μ s 以内に R 信号、G 信号、B 信号の 3 つの色信号を全て伝送する必要がある場合、60 Hz を三等分した時間、すなわち 3333.3 μ s 以内に各色信号が伝送されるように、R 信号の圧縮率を他の色信号の圧縮率に比べて大きな値に設定し、B 信号の圧縮率を他の色信号の圧縮率に比べて小さな値に設定して、圧縮後の各色信号のデータ量が同量になるようにする。

20

30

【 0 0 3 9 】

データ圧縮手段 1 1 における R、G、B 信号の受信タイミングは、光源装置 4 1 の制御手段 4 9 から出力される RGB の面順次光に関する制御信号を基に、制御手段 1 8 において判断され、データ圧縮手段 1 1 ヘ出力される。例えば、図 4 (a) に示すように、データ圧縮手段 1 1 に、R 信号、G 信号、B 信号がこの順番でパルス状に入力されるとする。図 4 は、データ圧縮手段 1 1 に入力される色信号と制御信号とに関するタイミングチャートである。一方、制御手段 4 9 では、光源装置 4 1 から RGB の面順次光の出射サイクルの先頭を示す制御信号が生成され、CPU 2 3 等を介して制御手段 1 8 ヘ出力される。この制御信号は、例えば図 4 (b) に示すような、赤色 (R) の照明光が出射されるときに立下がりを持つパルス状の制御信号である。制御手段 1 8 では、制御手段 4 9 から受信したパルス状の制御信号の立下りから、データ圧縮手段 1 1 ヘ R 信号が入力開始されるタイミングを特定する。また、制御手段 1 8 では、データ圧縮手段 1 1 への R 信号の入力開始タイミングと、G 信号、B 信号のそれぞれの色信号がデータ圧縮手段 1 1 に入力開始される時間間隔とを用いて、データ圧縮手段 1 1 ヘ G 信号及び B 信号が入力開始されるタイミングとを特定して、例えば図 4 (c) に示すような、各色信号の入力開始時に立下がりを持つパルス状の制御信号を生成し、データ圧縮手段 1 1 ヘ出力する。データ圧縮手段 1 1 では、制御手段 1 8 から受信した制御信号を基に各色信号の受信タイミングを識別し、色信号が切り替わるタイミングで圧縮率が切り替えられる。

40

【 0 0 4 0 】

50

データ圧縮手段 11 において、それぞれの圧縮率を用いて圧縮された色信号は、映像データ通信手段 13 を介してプロセッサ 2 の映像信号受信手段 19 へ、シリアルに伝送される。映像信号受信手段 19 で受信された、圧縮された色信号は、フィルタリング処理やバッファリング処理が施された後、データ伸張手段 20 へ出力される。データ伸張手段 20 では、R、G、B の色信号毎に設定された伸張率、伸張方法を用いて圧縮された各色信号が伸張され、映像処理手段 21 へ出力される。映像処理手段 21 で受信された映像信号は、同時化処理や輪郭強調処理等の画像処理が施されてビデオ信号に変換され、図示しないモニタへ出力される。

【0041】

このように、本実施の形態の電子内視鏡装置では、それぞれデータ量の異なる面順次の R、G、B の色信号を電子内視鏡 1 からプロセッサ 2 へ伝送する場合に、圧縮後のデータ量が同量になるように色信号毎に個別に設定された圧縮率を用いて色信号を圧縮することで、電子内視鏡 1 からプロセッサ 2 への各色信号の伝送時間を一定とすることができるため、プロセッサ 2 での処理時間が一定となり、プロセッサ 2 の構成、特に受信処理を簡略化することができる。

【0042】

(第 4 の実施の形態)

次に、本発明の第 4 実施の形態について、図 5 を用いて説明する。図 5 は、第 4 の実施の形態に係わる電子内視鏡装置の全体構成を説明するブロック図である。尚、図 5 において、第 3 の実施の形態の電子内視鏡装置と同じ構成には同じ符号を付して、説明を省略する。

【0043】

図 5 に示すように、本実施の形態の電子内視鏡装置は、先端部に撮像手段としての CCD 3 を備えた電子内視鏡 51 と、電子内視鏡 51 と着脱自在に接続されたプロセッサ 52 と、電子内視鏡 51 に照明光を供給する光源装置 41 と、プロセッサ 52 から出力される映像信号を表示する、図示しないモニタとから構成されている。

【0044】

電子内視鏡 51 には、CCD 3 を駆動させる CCD 駆動手段 4 が設けられている。また、電子内視鏡 51 には、CCD 3 から出力される映像信号を処理してプロセッサ 52 へ出力する手段として、CCD 信号処理手段 6 と、VCO 12 を備えた位相補償手段 7 と、CDS 手段 8 と、A/D 変換手段 9 と、メモリ 10 と、映像信号処理手段 53 と、データ圧縮手段 11 と、映像データ通信手段 13 とが設けられている。映像信号処理手段 53 では、メモリ 10 から読み出されたデジタル化された映像信号が、図示しないモニタに表示可能なビデオ信号に変換されて、データ圧縮手段 11 へ出力される。

【0045】

一方、プロセッサ 52 には、電子内視鏡 51 からビデオ信号を受信して処理する手段として、映像信号受信手段 19 と、データ伸張手段 20 と、映像処理手段 21 とが設けられている。また、プロセッサ 52 には、映像信号受信手段 19 から出力されるビデオ信号を一時的に格納する一時保管メモリ 54 と、プロセッサ 52 に取り外し可能に取り付けられた外部記憶手段 55 とが設けられている。一時保管メモリ 54 と外部記憶手段 55 とは、CPU 23 と電氣的に接続されており、一時保管メモリ 54 と外部記憶手段 55 とは CPU 23 を介してビデオ信号の送受信が可能である。尚、外部記憶手段 55 としては、例えば、コンパクトフラッシュ（登録商標）や外付けのハードディスクなどが用いられる。

【0046】

上述のように構成された電子内視鏡装置の作用について説明する。電子内視鏡 51 がプロセッサ 52 に接続されて電子内視鏡装置の電源が投入されると、患者体腔内の患部等である被写体に光源装置 41 から R、G、B の面順次の照明光が照射され、それぞれの光によって被写体から反射光等が発生する。被写体からの光は、電子内視鏡 51 の図示しない対物光学系によって CCD 3 の光電変換面に集光され、光電変換されて映像信号である面順次の色信号が生成される。CCD 3 から出力された色信号は、CCD 信号処理手段 6、

10

20

30

40

50

位相補償手段 7、CDS 手段 8、A/D 変換手段 9、メモリ 10 において、順次、第 3 の実施の形態と同様の信号処理が施された後、映像信号処理手段 53 へ出力される。映像信号処理手段 53 で受信された色信号は、同時化处理、クランプ処理、ガンマ補正、輪郭補正処理等のデジタル画像処理が施されて、例えば、Y、Pb、Pr などの、図示しないモニタに表示可能なビデオ信号に変換された後、データ圧縮手段 11 へ出力される。データ圧縮手段 11 で受信されたビデオ信号は、例えば M P E G や モーション J P E C など、汎用のデータフォーマット、または、予め定義されている、装置特有のデータ圧縮フォーマットに変換される。圧縮されたビデオ信号は、映像データ通信手段 13 を介してプロセッサ 52 の映像信号受信手段 19 へ、シリアルに伝送される。

【0047】

10

映像信号受信手段 19 で受信された、圧縮されたビデオ信号は、データ伸張手段 20 と一時保管メモリ 54 とに出力される。データ伸張手段 20 では、データ圧縮手段 11 での圧縮率、圧縮方法に応じて設定された伸張率、伸張方法を用いて、圧縮されたビデオ信号が伸張され、映像処理手段 21 へ出力される。映像処理手段 21 で受信されたビデオ信号は、アナログ変換等の処理が施されて、図示しないモニタへ出力される。一方、一時保管メモリ 54 では、受信した圧縮されたビデオ信号が格納される。格納されたビデオ信号は、CPU 23 を介して外部記憶手段 55 へ出力される。

【0048】

このように、本実施の形態の電子内視鏡装置では、電子内視鏡 51 において映像信号を汎用的なデータフォーマットに変換、圧縮してからプロセッサ 52 へ伝送することで、プロセッサ 52 での処理を汎用的な処理のみにすることができ、プロセッサ 52 の構成、処理を簡略化することができる。また、映像信号が汎用的なデータフォーマットに変換、圧縮されているので、外部記憶手段 55 を介してパソコン等の外部機器との間でデータの交換が可能となり、利便性が向上する。

20

【0049】

以上の実施の形態から、次の付記項に記載の点に特徴がある。

【0050】

(付記項 1) 電子内視鏡とプロセッサとを接続し、前記電子内視鏡の先端に設けられた受光素子にて撮像した映像データをデジタル化して前記プロセッサに送信する電子内視鏡装置であって、

30

前記電子内視鏡が、前記映像データをデジタル化するデータ変換手段と、デジタル化した前記映像データを圧縮するデータ圧縮手段とを具備し、

前記プロセッサが、デジタル化した前記映像データを伸張するデータ伸張手段を具備することを特徴とする電子内視鏡装置。

【図面の簡単な説明】

【0051】

【図 1】第 1 の実施の形態に係わる電子内視鏡装置の全体構成を説明するブロック図である。

【図 2】第 2 の実施の形態に係わる電子内視鏡装置の全体構成を説明するブロック図である。

40

【図 3】第 3 の実施の形態に係わる電子内視鏡装置の全体構成を説明するブロック図である。

【図 4】データ圧縮手段 11 に入力される色信号と制御信号とに関するタイミングチャートである。

【図 5】第 4 の実施の形態に係わる電子内視鏡装置の全体構成を説明するブロック図である。

【符号の説明】

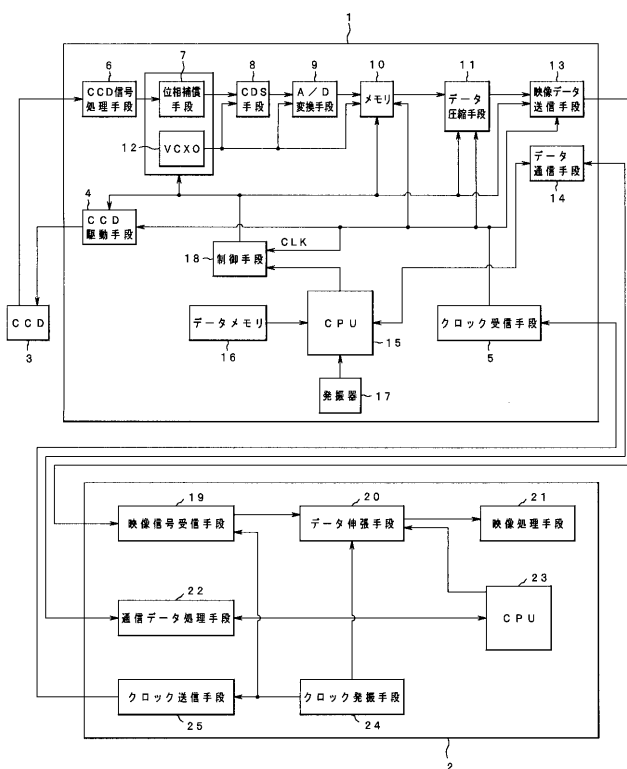
【0052】

1 電子内視鏡、2 プロセッサ、3 C C D、4 C C D 駆動手段、5 クロック受信手段、6 C C D 信号処理手段、7 位相補償手段、8 C D S 手段、9 A / D 変換

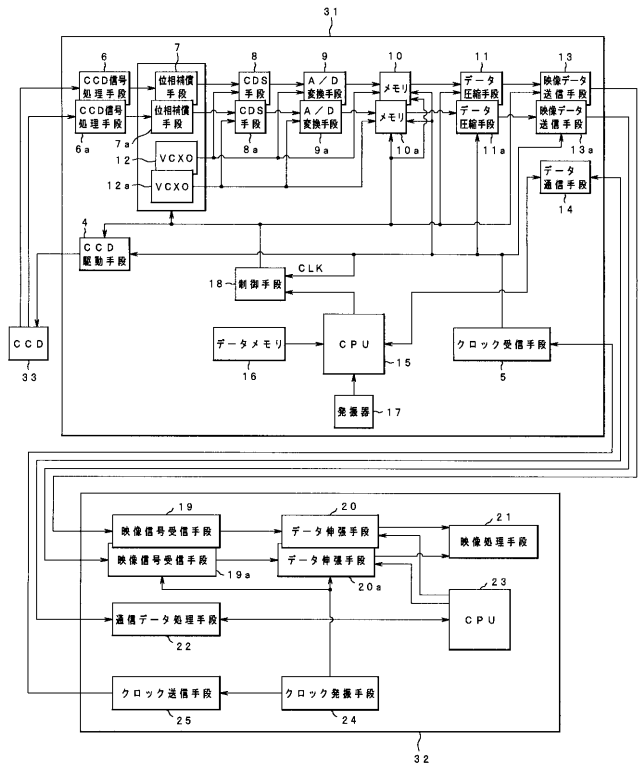
50

手段、10 メモリ、11 データ圧縮手段、12 VCXO、13 映像データ送信手段、14 データ通信手段、15 CPU、16 データメモリ、17 発振器、18 制御手段、19 映像信号受信手段、20 データ伸張手段、21 映像処理手段、22 通信データ処理手段、23 CPU、24 クロック発振手段、25 クロック送信手段、

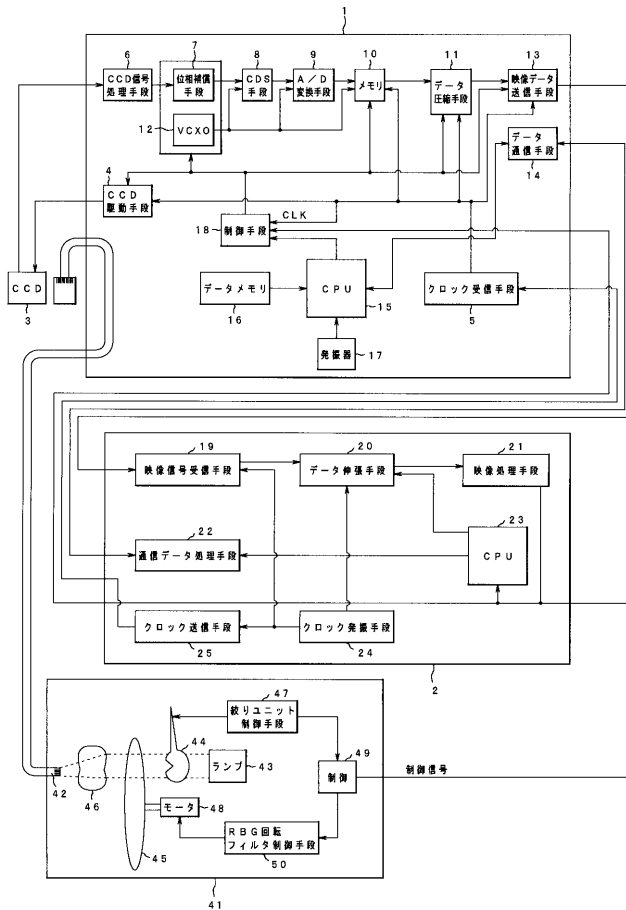
【図1】



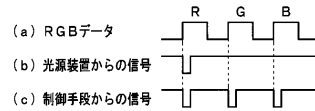
【図2】



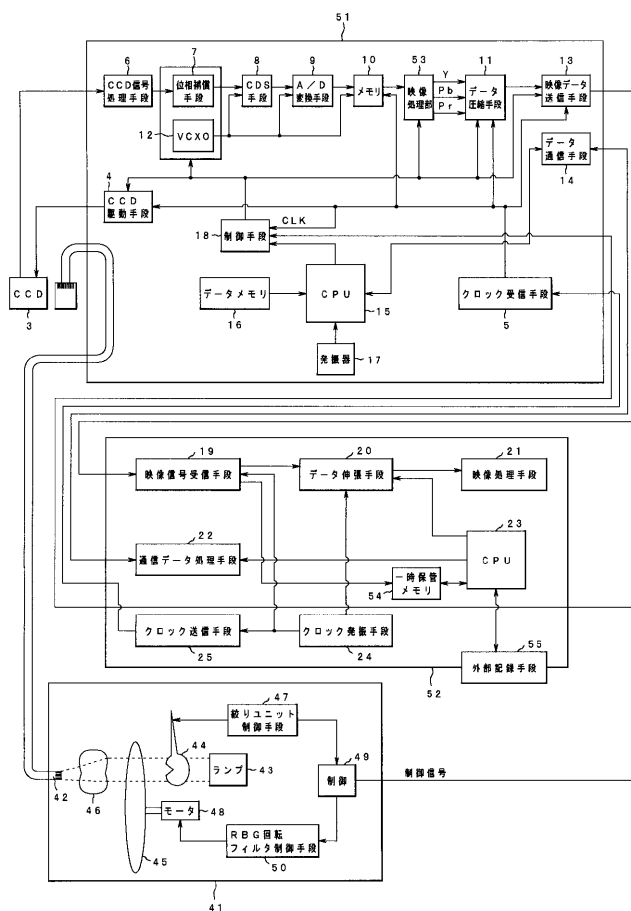
【図 3】



【図 4】



【図 5】



| | | | |
|----------------|---------------------------------------------------------------------------------------------------------------------------------------------------------------------------------|---------|------------|
| 专利名称(译) | <无法获取翻译> | | |
| 公开(公告)号 | JP2006288753A5 | 公开(公告)日 | 2008-05-01 |
| 申请号 | JP2005113923 | 申请日 | 2005-04-11 |
| [标]申请(专利权)人(译) | 奥林巴斯医疗株式会社 | | |
| 申请(专利权)人(译) | オリンパスメディカルシステムズ株式会社 | | |
| [标]发明人 | 柳沢 聡志 | | |
| 发明人 | 柳沢 聡志 | | |
| IPC分类号 | A61B1/04 | | |
| FI分类号 | A61B1/04.372 | | |
| F-TERM分类号 | 4C061/AA00 4C061/BB00 4C061/CC06 4C061/DD00 4C061/LL02 4C061/MM03 4C061/NN01 4C061/SS14 4C161/AA00 4C161/BB00 4C161/CC06 4C161/DD00 4C161/LL02 4C161/MM03 4C161/NN01 4C161/SS14 | | |
| 代理人(译) | 伊藤 进 | | |
| 其他公开文献 | JP4709573B2 JP2006288753A | | |

摘要(译)

要解决的问题：提供一种电子内窥镜装置，其不需要复杂的数据处理机制，并且即使当由于使用高像素数CCD而增加图像信号的数据量时也允许缩短传输时间。ŽSOLUTION：电子内窥镜装置具有电子内窥镜1和处理器2，电子内窥镜1中布置有CCD 3，处理器2可拆卸地连接到电子内窥镜1.电子内窥镜1配备有数字处理装置9，用于数字处理由以下成像的图像信号。CCD 3，用于压缩数字化图像信号的数据压缩装置11和用于将压缩图像信号发送到处理器的数据传输装置13。处理器2具有用于接收压缩图像信号的数据接收装置19和用于扩展压缩图像信号的数据扩展装置20。Ž