

(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2005-124919

(P2005-124919A)

(43) 公開日 平成17年5月19日(2005.5.19)

(51) Int.Cl.⁷

A61B 8/12

F1

A61B 8/12

テーマコード(参考)

4C601

審査請求 未請求 請求項の数 3 O L (全 16 頁)

(21) 出願番号 特願2003-365184 (P2003-365184)
 (22) 出願日 平成15年10月24日(2003.10.24)

(71) 出願人 000000376
 オリンパス株式会社
 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 内田 優子
 東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オ
 リンパス株式会社内
 Fターム(参考) 4C601 BB02 BB14 EE08 EE11 EE22
 FE02 GA12 GA30

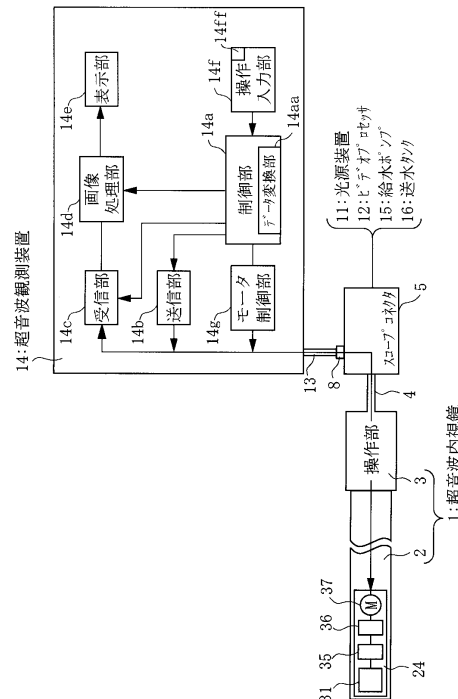
(54) 【発明の名称】 超音波診断装置

(57) 【要約】

【課題】設定した表示レンジに応じて自動的に適切なフレームレートに切り換えて常に良好な超音波断層画像を確実に生成し得る超音波診断装置を提供する。

【解決手段】超音波を送受信する超音波振動子31と超音波振動子を回転させる回転駆動手段37と回転状態の超音波振動子と信号授受を行なう回転型信号伝達手段35と超音波振動子の回転位置を検出する回転位置検出手段36とを一体化した超音波観察ユニット24を内視鏡挿入部2の先端部本体21aに配けた超音波内視鏡1と、超音波内視鏡からの信号により超音波断層画像を生成する超音波観測装置14とを備え、超音波観測装置は超音波振動子の表示レンジを切り換えて選択設定する操作入力部14fと、操作入力部からの指示信号によりレンジ信号データを生成しこのレンジ信号データによりフレームレートデータを生成し出力する制御部14aと、フレームレートデータにより駆動モータの回転速度の駆動制御を行なうモータ制御部14gとを備えてなる。

【選択図】 図2



【特許請求の範囲】**【請求項 1】**

超音波を送受信する超音波振動子と、この超音波振動子を機械的に回転させる回転駆動手段と、回転状態にある上記超音波振動子と信号の授受を行なう回転型信号伝達手段と、上記超音波振動子の回転位置を検出する回転位置検出手段とを一体に構成した超音波観察ユニットを、体腔内に挿入すべく構成された内視鏡挿入部の先端部本体に配設したラジアル走査型の超音波内視鏡と、この超音波内視鏡からの信号を受けて超音波断層画像を生成する超音波観測装置とを具備して構成される超音波診断装置において、
上記超音波観測装置は、モニタ上の表示レンジを切り換えて選択設定するための操作入力部と、この操作入力部からの指示信号を受けてレンジ信号データを生成し、このレンジ信号データに基づいてフレームレートデータを生成し出力する制御部と、このフレームレートデータに基づいて駆動モータの回転速度の駆動制御を行なうモータ制御部とを具備することを特徴とする超音波診断装置。

10

【請求項 2】

上記制御部は、データ変換部を有しており、
上記データ変換部は、レンジ切換スイッチからの指示信号を受けて上記制御部により生成されたレンジ信号データに基づいてフレームレートデータを生成することを特徴とする請求項 1 に記載の超音波診断装置。

【請求項 3】

上記モータ制御部は、上記レンジ切換スイッチによって設定された表示レンジに応じた速度で上記駆動モータを回転させる駆動制御を行なうことを特徴とする請求項 1 に記載の超音波診断装置。

20

【発明の詳細な説明】**【技術分野】****【0001】**

本発明は、超音波内視鏡の先端部に配置した駆動モータで超音波振動子を回転させる超音波内視鏡に関する。

【背景技術】**【0002】**

従来より、超音波振動子から生体組織内に超音波ビームを繰り返し送信し、生体組織から反射される超音波ビームのエコー信号を同一あるいは別体に設けた超音波振動子で受信して、二次元的な可視像である超音波断層画像を表示装置の画面上に表示させて、病変部の診断等に用いる超音波診断装置が種々提案されている。

30

【0003】

この超音波診断装置と組み合わせて使用される機器としては、体腔内に挿入し体内臓器を観察できる内視鏡の挿入部の先端部に超音波振動子を備えた超音波内視鏡等がある。そして、この超音波内視鏡のひとつに、前記超音波振動子を機械的に回転させてラジアル走査を行なえる機械式の超音波内視鏡がある。この超音波内視鏡では、例えば操作部又は超音波観測装置に設けた駆動モータの回転駆動力をフレキシブルシャフトを介して内視鏡先端部に設けた超音波振動子へと伝達することにより、これをラジアル方向に回転させるようにしている。

40

【0004】

このような形態の超音波内視鏡では、上述したように操作部又は超音波観測装置の側に駆動モータ等の超音波振動子を駆動する駆動手段が設けられていることから、例えば操作部に当該駆動手段が配設されている場合には、操作部の重量が大きくなってしまい、この操作部を常に把持して使用する操作者の負荷が大きくなってしまおうという問題点がある。

【0005】

また、操作部又は超音波観測装置に駆動モータ等の駆動手段を配設したものでは、駆動モータの回転駆動力はフレキシブルシャフトを介して超音波振動子へと伝達するようにしている。このことから、例えばフレキシブルシャフトに捻れ力が生じることに起因して駆

50

動手段側のエンコーダと先端部側の超音波振動子との間に位相ずれが発生する場合がある。このような場合において生成される超音波断層画像には、例えば揺れや歪み等が生じ、画質劣化の原因になる可能性がある。

【0006】

そして、フレキシブルシャフトを介して駆動モータの回転駆動力を超音波振動子に伝達し、これを回転させるようにした超音波内視鏡では、長いフレキシブルシャフトを介するために、設定し得る超音波振動子の回転速度に限界が生じてしまうという問題点がある。

【0007】

さらに、駆動モータの回転とフレキシブルシャフトの回転との間の同期を取ることが困難であって、回転駆動力の伝達系によるロータの回転位置誤差が生じてしまう可能性もある。この場合には、高精細な超音波断層画像を生成することが困難になってしまうという問題点がある。

10

【0008】

そこで、上述したような種々の問題点を解消するために、本出願人は先に特開2001-128981号公報等による超音波内視鏡についての提案を行なっている。

【0009】

この特開2001-128981号公報によって開示される超音波内視鏡は、超音波内視鏡における先端部の先端硬質部の内部に超音波振動子を設けると共に、これに加えて超音波振動子を回転させる駆動モータ（回転駆動手段）とスリップリング（回転型信号伝達手段）とエンコーダ（回転位置検出手段）とを少なくとも配設し、当該駆動モータによ

20

【0010】

この場合において、超音波振動子・スリップリング・エンコーダ・駆動モータ等を所定のハウジングによって一体化して超音波観察ユニットを構成し、超音波内視鏡の先端部を構成する先端部本体に対して当該超音波観察ユニットをネジ等の締結手段を用いて着脱自在に構成している。

【0011】

これによれば、超音波内視鏡における先端部の先端硬質部の内部に超音波振動子と駆動モータとスリップリングとエンコーダとを先端側から順に直列かつ一体に配設したので、良好な超音波診断を容易に行なうことができると同時に、先端部の細径化及び小型化を実現して幅広い診断用途に活用することができ、さらに組立性の向上に寄与すると共に、組立後における保守管理に優れた超音波内視鏡を提供することができるというものである。

30

【0012】

また、上述したように上記特開2001-128981号公報によって開示される手段では、先端硬質部に駆動モータやスリップリング等を配設して、超音波振動子を駆動モータにより直接的に回転させるように構成している。このような構成としたことから、駆動モータの回転駆動力をフレキシブルシャフトを介して超音波振動子を回転させるもの比べて、超音波振動子をより高速に回転させることができるようになる。

【0013】

ところで、一般に超音波振動子を機械的に回転させてラジアル走査を行なう機械式の超音波内視鏡においては、超音波振動子の回転速度によって超音波断層画像（動画像）を表示する際のフレームレート、即ち単位時間当たりの画像信号の取り込み数が決定される。

40

【0014】

スコープや臓器の動きに対する追従性は、フレームレートの高低によって決定される。つまり、フレームレートが高い程、実際の動きに追従した超音波断層画像を生成し得ることになる。

【0015】

したがって、上述の特開2001-128981号公報によって開示される手段等を用いることによって超音波振動子の回転速度をより高速に設定することができれば、高いフレームレートを設定することができ、これによって追従性の良好な超音波断層画像を生成

50

することができるようになる。

【0016】

一方、従来の機械式の超音波内視鏡においては、例えば超音波振動子から放射する超音波ビームの周波数を段階的に切り換えて、その深達度に応じた表示レンジの切り換え設定をすることができるように構成したものがあ。そして、この表示レンジの切り換えに応じて超音波振動子の駆動制御を行なって、フレームレートの設定をも自動的に切り換わるように構成した超音波観測装置については、例えば特開平6-138211号公報等によって開示されている。

【0017】

上記特開平6-138211号公報によって開示されている超音波観測装置は、半周走査を行なうソナー（sonar：水中音波探知装置）である。つまり、このソナーは、送波器（超音波振動子）の送受波面を俯角方向で揺動させて右旋回と左旋回とを交互に繰り返して行なって超音波の送受波を行なうように構成されるものである。

10

【0018】

このような半周走査ソナーにおいて、送受信波器を揺動させる際の速度設定を高速設定とし、表示レンジを長距離側のレンジに設定して観測を行なった場合には、例えば左旋回時の送波に対する受波が右旋回時になってしまい、生成される超音波画像に歪みや捻れ等が生じてしまうことがあるという問題点がある。

【0019】

このことを考慮して、当該公報に開示されているソナーにおいては、設定した表示レンジに応じた適切な旋回速度を自動設定する手段を設けている。これにより、設定した表示レンジに応じて送受波器を適切に揺動させるようにして、常に明確な超音波画像を取得することができるようにしている。

20

【0020】

他方、従来の超音波内視鏡において電子走査式のものでは、超音波振動子から放射する超音波ビームの周波数を段階的に切り換えることによって、被検体近傍の深さ方向の表示範囲、即ち表示レンジを切り換えて任意に設定し得るものがあ。この場合においては、設定した表示レンジに応じて適切なフレームレートが自動的に設定されるようになってい。

【特許文献1】特開2001-128981号公報

30

【特許文献2】特開平6-138211号公報

【発明の開示】

【発明が解決しようとする課題】

【0021】

ところが、上述の特開2001-128981号公報によって開示される手段等を用いた超音波内視鏡においては、超音波振動子を高速に回転させて高いフレームレートによる走査を行なったとすると、設定した表示レンジによっては、超音波断層画像を生成するための信号処理等を担う超音波観測装置の制御系による処理速度が追い付かなくなってしまうという問題点がある。つまり、この場合において、超音波振動子を高速に回転させ高いフレームレートによる走査を行なう際に、設定される表示レンジが長距離レンジに設定されていると超音波観測装置による信号処理が対応できず、その結果、超音波断層画像の生成ができなくなってしまうことがあり得るという問題点がある。

40

【0022】

一方、上述の特開平6-138211号公報によって開示されている手段は、超音波振動子を揺動させて右旋回と左旋回とを交互に繰り返して行なって超音波の送受波を行なう半周走査ソナーに適用するのに適するものであって、超音波振動子を回転させることによって超音波振動子の全周における超音波断層画像を得ようとする超音波内視鏡等に用いるには適さない手段である。

【0023】

本発明は、上述した点に鑑みてなされたものであって、その目的とするところは、超音

50

波ビームを放射する超音波振動子とこの超音波振動子を回転させ得る駆動モータとを一体に構成した先端ユニットを挿入部の先端部に対して配設した超音波内視鏡において、設定した表示レンジに応じて超音波振動子の回転速度が自動的に切り換わるように駆動モータの駆動制御がなされることで、適切なフレームレートで超音波断層画像を生成し得るようにして、常に良好な超音波断層画像を確実に生成することのできる超音波診断装置を提供することである。

【課題を解決するための手段】

【0024】

上記目的を達成するために、本発明による超音波診断装置は、超音波を送受信する超音波振動子と、この超音波振動子を機械的に回転させる回転駆動手段と、回転状態にある上記超音波振動子と信号の授受を行なう回転型信号伝達手段と、上記超音波振動子の回転位置を検出する回転位置検出手段とを一体に構成した超音波観察ユニットを、体腔内に挿入すべく構成された内視鏡挿入部の先端部本体に配設したラジアル走査型の超音波内視鏡と、この超音波内視鏡からの信号を受けて超音波断層画像を生成する超音波観測装置とを具備して構成される超音波診断装置において、上記超音波観測装置は、上記超音波振動子から放射される超音波の到達範囲を規定する表示レンジを切り換えて選択設定するための操作入力部と、この操作入力部からの指示信号を受けてレンジ信号データを生成し、このレンジ信号データに基づいてフレームレートデータを生成し出力する制御部と、このフレームレートデータに基づいて駆動モータの回転速度の駆動制御を行なうモータ制御部とを具備することを特徴とする。

10

20

【発明の効果】

【0025】

本発明によれば、超音波ビームを放射する超音波振動子とこの超音波振動子を回転させ得る駆動モータとを一体に構成した先端ユニットを挿入部の先端部に対して配設した超音波内視鏡において、設定した表示レンジに応じて超音波振動子の回転速度が自動的に切り換わるように駆動モータの駆動制御がなされることで、適切なフレームレートで超音波断層画像を生成し得るようにして、常に良好な超音波断層画像を確実に生成し得る超音波診断装置を提供することができる。

【発明を実施するための最良の形態】

【0026】

以下、図示の実施の形態によって本発明を説明する。

図1は、本発明の一実施形態の超音波診断装置の構成を示す概略構成図である。また、図2は、本実施形態の超音波診断装置における超音波観測装置の内部構成の概略を示すブロック構成図である。そして、図3と図4とは、本実施形態の超音波診断装置に用いられる超音波内視鏡における先端硬質部とこれに装着される超音波観察ユニットを拡大して示す要部拡大断面図であって、図3は両者が接続されていない状態を、図4は両者が接続されている状態を、それぞれ示している。そして、図5は、図3に示す超音波観察ユニットのA-A線に沿う断面図である。

30

【0027】

まず、本実施形態の超音波診断装置の全体的な概略構成と、この超音波診断装置の一部を構成する超音波観測装置及び超音波内視鏡の概略的な構成について図1～図5を参照しながら以下に説明する。

40

【0028】

図1に示すように本実施形態の超音波診断装置は、これと組み合わせて使用される機器としての機械走査式の超音波内視鏡1と、この超音波内視鏡1の統括的な制御等を主に行なう制御部(14a;図2参照)や上記超音波内視鏡1を用いて生成される所定の電気信号に基づいてその信号に対応する超音波断層画像を生成し表示する表示部(14e;図2参照)等を具備して構成される超音波観測装置14等によって構成される。

【0029】

超音波内視鏡1は、体腔内等に挿入される細長形状の内視鏡挿入部(以下、単に挿入部

50

と略記する) 2 と、この挿入部 2 の基端部に設けられ把持部を備えた操作部 3 と、この操作部 3 の例えば側部から延出され可撓性を有するユニバーサルコード 4 等によって主に構成されている。

【0030】

ユニバーサルコード 4 の端部にはスコープコネクタ 5 が設けられている。このスコープコネクタ 5 には光源コネクタ 6 と電気コネクタ 7 と超音波コネクタ 8 と吸引口金 9 と送気送水口金 10 が設けられている。

【0031】

光源コネクタ 6 には照明光を供給する光源装置 11 が着脱自在に接続されるようになっている。また、電気コネクタ 7 には、所定の信号ケーブル(図示せず)を介して各種の信号処理等を行なうビデオプロセッサ 12 が着脱自在に接続されるようになっている。そして、超音波コネクタ 8 には超音波ケーブル 13 を介して超音波観測装置 14 が着脱自在に接続されるようになっている。さらに、吸引口金 9 には吸引チューブ(図示せず)を介して吸引ポンプ 15 が着脱自在に接続されるようになっている。また、送気送水口金 10 には送気チューブ及び送水チューブ(図示せず)を介して送水タンク 16 が着脱自在に接続されるようになっている。

10

【0032】

なお、送気送水口金 10 は細径部材で形成されているので、例えば意図しない衝撃等による所定以上の力量が加わると容易に破損してしまう虞等がある。そこで、そのような事故を防止するために送気送水口金 10 の近傍には、当該送気送水口金 10 よりも突出量を大きく(高く)なるように設定した突起部 17(図 1 参照)が設けられている。

20

【0033】

超音波観測装置 14 は、上述したように超音波内視鏡 1 の統括的な制御を行なうものであって、例えば後述する超音波観察ユニット 24 の駆動制御や、これによって取得した電気信号の信号処理等を行なう制御回路等に加え、取得した信号に基づいて超音波断層画像を表示する表示装置等を含んで構成されている(図 2 参照。詳細は後述する)。

【0034】

超音波内視鏡 1 における挿入部 2 は、例えば硬質部材によって形成される先端硬質部 21 と、この先端硬質部 21 の基端部に連設され例えば上下方向及び左右方向に任意に湾曲自在に構成される湾曲部 22 と、この湾曲部 22 の基端部に連設され長尺状でかつ可撓性を有する可撓管部 23 とによって構成されている。

30

【0035】

先端硬質部 21 の先端には、超音波振動子 31 等を一体に構成した超音波観察ユニット 24 が着脱自在に配設されている。この超音波観察ユニット 24(超音波振動子 31)は、挿入部 2 から操作部 3 及びユニバーサルコード 4 の内部を挿通する信号ケーブル 32 を介して超音波コネクタ 8 に接続されている。そして、この超音波コネクタ 8 には、上述したように超音波ケーブル 13 を介して超音波観測装置 14 が接続されるようになっている。したがって、これにより超音波観察ユニット 24 の超音波振動子 31 から出力される電気信号が超音波観測装置 14 へと伝達される状態になると共に、当該超音波観測装置 14 からの各種の制御信号等が超音波観察ユニット 24 の超音波振動子 31 や駆動モータ 37(図 3 と図 4 とを参照)等へと伝達され得るようになっている。なお、超音波観察ユニット 24 の詳細構成については後述する。

40

【0036】

操作部 3 には湾曲部 22 の湾曲操作を行なう湾曲操作ノブ 25 と、送気送水操作及び吸引操作をそれぞれ行なう送気送水吸引ボタン 26 とが設けられている。また、処置具を挿入するための処置具挿入口 27 が所定の位置に設けられている。

【0037】

次に、本実施形態の超音波診断装置における超音波内視鏡 1 の先端硬質部 21 及び超音波観察ユニット 24 の詳細構成を図 3 と図 4 とを参照して以下に説明する。

【0038】

50

図3と図4とに示すように先端硬質部21は、その所定の位置に前面側に向けた斜面部21cが形成されている。この斜面部21cには、照明光学系を構成する照明窓(図示せず)と観察光学系を構成する観察窓21dが設けられている。上述の光源装置11(図1参照)から供給される照明光は、ユニバーサルコード4及び挿入部2を挿通するライトガイド(図示せず)を介して伝送され、照明窓から出射されるようになっており、これにより体腔内における患部等の被検体を照明するようになっている。

【0039】

この照明光によって照明された被検体を表わす光学像は、観察窓21dに臨む位置に配設される対物レンズ21eによって、その結像位置に配置される電荷結合素子(以下、CCDという)等の撮像素子(図示せず)の撮像面に結像するようになっている。そして、このCCDで光電変換された電気信号は、ユニバーサルコード4及び挿入部2を挿通する所定の信号線(図示せず)を介して上述のビデオプロセッサ12(図1参照)へと伝送されるようになっている。これを受けてビデオプロセッサ12は所定の信号処理を行なって標準的な映像信号に変換し、これを所定の表示装置(図示せず)の画面上に内視鏡観察画像として表示するようになっている。

10

【0040】

一方、先端硬質部21の先端部本体21aにおける先端部近傍の内部空間には、超音波観察ユニット24を配置し得る内部形状を有する超音波観察ユニット配設部21bが形成されている。この超音波観察ユニット配設部21bの最先端部には開口21fが形成されている。

20

【0041】

また、この超音波観察ユニット配設部21bの最奥部には、超音波振動子31から出力される信号を伝達する信号ケーブル32の一端部が接続される接続端子(以下、コネクタという)33が配設されている。このコネクタ33aには、超音波観察ユニット配設部21bに配置される超音波観察ユニット24の最後端部に設けられるコネクタ33bが接続されるようになっている。そして、図4に示すように超音波観察ユニット配設部21bに対して超音波観察ユニット24が収納される形態で配置されるとコネクタ33aとコネクタ33bは電氣的に接続されるようになっている。これにより、超音波観察ユニット24の超音波振動子31からの出力信号は、信号ケーブル32を介して最終的に超音波観測装置14(図1参照)へと伝達される状態となる。

30

【0042】

他方、超音波観察ユニット24は、先端硬質部21の一部を構成する先端部本体21aにおける超音波観察ユニット配設部21bに対して着脱自在に配設されるようになっている。

【0043】

超音波観察ユニット24は、例えば流動パラフィンや水やカルボキシメチルセルロース水溶液等の超音波伝達媒体40が内部に充填される先端キャップ34と、超音波ビームを送受信する超音波振動子31と、回転状態の超音波振動子31と信号の授受を行なう回転型信号伝達手段であるスリップリング35と、超音波振動子31の回転位置を検出する回転位置検出手段であるエンコーダ36と、超音波振動子31を回転させる回転駆動手段である駆動モータ37等が超音波観察ユニットハウジング(以下、ユニットハウジングと略記する)38によって一体化した形態で構成されている。

40

【0044】

超音波振動子31は、振動子保持部材31aに一体に形成される回動軸31bによって保持されている。この回動軸31bは、超音波振動子31の回転位置を検出するエンコーダ36に接続されており、このエンコーダ36と駆動モータ37とが軸継手39を介して一体的に結合されている。そして、スリップリング35及びエンコーダ36は固定部材であるユニットハウジング38によって保持されており、これにより各部材が一体化されて超音波観察ユニット24を構成している。

【0045】

50

なお、本実施形態における超音波観察ユニット24においては、その一部を構成する超音波振動子31の超音波送受面（以下、単に送受面と略記する）31cが駆動モータ37の回転中心軸（図3～図5に示す符号O参照）から超音波の放射方向に離間した位置となるように設定されている。つまり、このような設定とすることによって、超音波振動子31の送受面31cは先端キャップ34の内壁面に近い位置で回転し、超音波振動子31から放射される超音波ビームが超音波伝達媒体40を通過する距離が短縮し得る構成となっている。

【0046】

先端キャップ34の基端部は、ユニットハウジング38の先端部近傍において水密的に接着固定されている。つまり、先端キャップ34は超音波観察ユニット24と一体に固定されている。そして、ユニットハウジング38と先端キャップ34の両者が一体となった状態で超音波観察ユニット24を構成している。

10

【0047】

先端キャップ34は、例えば超音波透過性材質である低密度ポリエチレンやポリメチルペンテン等によって形成されている。そして、先端キャップ34の内部空間には超音波振動子31が配置されると共に、例えば流動パラフィンや水やカルボキシメチルセルロース水溶液等の超音波伝達媒体40が充填されている。

【0048】

なお、超音波伝達媒体40は、例えば先端キャップ34の先端部分に形成される先端開口34aから注入されるようになっている。この先端開口34aは密栓部材34bによって水密的に塞がれるようになっている。

20

【0049】

このように構成される超音波観察ユニット24は、例えばねじ込み等の連結手段（特に図示せず）によって先端硬質部21の先端部本体21aの超音波観察ユニット配設部21bに対して着脱自在に配設されるようになっている。そして、この状態において、超音波観察ユニット24のコネクタ33bは、先端部本体21a側のコネクタ33aに接続されることになる（図4の接続状態を参照）。

【0050】

超音波観察ユニット24のコネクタ33bには、超音波振動子31と電氣的に接続される信号線（図示せず）及びエンコーダ36と電氣的に接続される信号ケーブル（図示せず）等がそれぞれ電氣的に接続されている。

30

【0051】

一方、本実施形態の超音波診断装置における超音波観測装置14の内部構成の概略を図1と図2とを参照して以下に説明する。

【0052】

本実施形態の超音波診断装置における超音波観測装置14は、上述したように超音波内視鏡1の統括的な制御等を主に行なうものである。この超音波観測装置14は、後述する超音波観察ユニット24（図3や図4等を参照）における超音波振動子31を励振させて超音波を送信する等の駆動制御のための制御信号を送信する送信部14bと、超音波観察ユニット24からの電気信号を受けて増幅等の信号処理を行なう受信部14cと、この受信部14cからの出力信号を受けて超音波断層画像を生成するための信号処理等を行なう画像処理部14dと、この画像処理部14dからの出力信号に基づいて超音波断層画像を表示する表示部14eと、超音波観察ユニット24の駆動モータ37の駆動制御を行なうモータ制御部14gと、本超音波観測装置14の上述した内部構成回路等及びこれらの構成回路等を介して接続される超音波内視鏡1の統括的な制御を行なう制御部14aと、本超音波診断装置を操作するための操作指示信号を入力するキーボード等の信号入力装置からなる操作入力部14f等によって構成されている。

40

【0053】

操作入力部14fには、超音波内視鏡1を使用する際に被検体近傍の深さ方向の表示範囲（表示レンジ）を切り換えて選択設定するためのレンジ切換スイッチ14ffが設けら

50

れている。つまり、このレンジ切換スイッチ 14 f f を操作者が任意に操作することによって、所望の観察範囲を設定し得るようになっている。

【0054】

制御部 14 a の内部には、上述の操作入力部 14 f のレンジ切換スイッチ 14 f f からの指示信号（レンジ信号）を受けて駆動モータ 37 の駆動制御を行なうためのデータに変換処理するデータ変換部 14 a a が設けられている。

【0055】

より詳しく説明すると、制御部 14 a の内部に設けられるデータ変換部 14 a a は、操作入力部 14 f のレンジ切換スイッチ 14 f f からの指示信号（レンジ信号）を受けると、そのレンジ信号データに応じたモータ回転速度データに変換するようになっている。

10

【0056】

ここで、レンジ切換スイッチ 14 f f を操作することによって生じるレンジ信号は、例えば本超音波観測装置 14 において設定し得る複数種類の表示レンジに応じた信号である。

【0057】

このレンジ信号を受けた制御部 14 a は、これをデータ化してデータ変換部 14 a a へと渡す。データ変換部 14 a a は、入力されたレンジ信号データに基づいて所定の信号処理を行なって駆動モータ 37 を駆動制御するためのモータ回転速度データを生成する。そして、これをモータ制御部 14 g へと出力するようになっている。

【0058】

このモータ回転速度データを受けたモータ制御部 14 g は、当該受信データに応じた回転速度によって駆動モータ 37 の駆動制御を行なうようになっている。

20

【0059】

また、モータ回転速度データは、制御部 14 a から送信部 14 b へも出力されるようになっている。この場合において、送信部 14 b では、当該モータ回転速度データを参照して超音波観察ユニット 24 の超音波振動子 31 から送信すべき超音波ビームの放射制御を行なうようになっている。

【0060】

さらに、モータ回転速度データは、制御部 14 a から画像処理部 14 d へも同時に出力されるようになっている。画像処理部 14 d では、このモータ回転速度データを参照して、受信部 14 c から入力される画像信号のフレームレートを確認し、これに応じた画像信号処理を行なって所定の画像データを生成するようになっている。こうして生成された画像データは表示部 14 e へと伝達され、この表示部 14 e によって超音波断層画像として表示されるようになっている。

30

【0061】

このように構成される本実施形態の超音波診断装置の作用について、以下に説明する。

【0062】

本実施形態の超音波診断装置を用いた超音波観察診断を行なう場合においては、まずその使用に先立って操作入力部 14 f のレンジ切換スイッチ 14 f f を操作して、これから行なおうとする超音波観察診断に適した所望の表示レンジを選択し設定する等の準備設定操作が必要である。

40

【0063】

このレンジ切換スイッチ 14 f f による表示レンジの切り換え設定操作を行なった後に、当該超音波診断装置の使用が開始されると、超音波観測装置 14 は、設定された表示レンジに応じた回転速度によって駆動モータ 37（超音波振動子 31）を駆動制御し、設定された表示レンジに最適となるフレームレートによって所定の画像データを生成するための信号処理を画像処理部 14 d において行ない、表示部 14 e において良好な超音波断層画像を表示すべく、各種所定の制御動作を自動的に行なうことになる。

【0064】

この場合において、レンジ切換スイッチ 14 f f による表示レンジの切り換え設定操作

50

は使用者によって行なわれる。このときに設定される表示レンジに応じて超音波観測装置 14 が駆動モータ 37 の回転速度を自動的に設定しフレームレートの自動切り換え制御を行なう際の一連の作用を、図 6 のフローチャートによって以下に説明する。

【0065】

まず、本超音波診断装置を構成する各機器のそれぞれが図 1 に示すような形態で各接続された状態において、所定の電源スイッチのオン操作がなされて各機器に対して必要な電力の供給がなされた通電状態となっているものとする。

【0066】

この状態において、当該超音波診断装置を使用して観察診断を行なうための各種の準備設定操作が行なわれる。この準備設定操作のうちの一つとして、これから行なおうとする超音波観察診断に適した所望の表示レンジを選択し設定する表示レンジ選択設定操作がある。

10

【0067】

この表示レンジ選択設定操作は、上述したように超音波観測装置 14 の操作入力部 14 f におけるレンジ切換スイッチ 14 f f を操作することによって行なわれるものである。この操作を行なうことによって生じる指示信号を受けて上記超音波観測装置 14 (の制御部 14 a 等) は所定の制御処理、即ち表示レンジ設定処理を実行する。

【0068】

まず、図 6 に示すステップ S 1 において、超音波観測装置 14 の制御部 14 a は、操作入力部 14 f のレンジ切換スイッチ 14 f f が操作されたか否かの判断を行なう。この判断は、レンジ切換スイッチ 14 f f から所定のオン (ON) 信号が生じたか否かを判定することによりなされる。

20

【0069】

このステップ S 1 において、制御部 14 a は、レンジ切換スイッチ 14 f f からの所定のオン (ON) 信号を監視しており、使用者がレンジ切換スイッチ 14 f f を操作する等によって当該オン信号が発生すると、その信号は制御部 14 a へと伝達される。これを受けて制御部 14 a は、次のステップ S 2 の処理を実行する。

【0070】

なお、本実施形態の超音波診断装置における超音波観測装置 14 において設定し得る表示レンジとしては、例えば 4 cm レンジ / 6 cm レンジ / 9 cm レンジ / 12 cm レンジの四つの表示レンジを選択設定し得るようになっている。ここで、各レンジの示す距離は、超音波振動子 31 を中心とする半径を示し、超音波振動子 31 から放射される超音波ビームのおよその到達距離を示すものである。したがって、その距離の半径内の範囲が観察範囲となる。

30

【0071】

この場合において、レンジ切換スイッチ 14 f f は、これを操作する毎に各表示レンジが順に設定されるようになっている。つまり、最初の電源投入後の初期状態では、4 cm レンジ又は前回の使用終了時に設定されていた表示レンジ X cm レンジが設定されるようになっている。そして、このときレンジ切換スイッチ 14 f f からは、当該設定されている表示レンジに関する指示信号 (レンジ信号) が発生し、これを受けて制御部 14 a は対応するレンジ信号データを生成する。そして、このレンジ信号データはデータ変換部 14 a a へと出力されるようになっている。

40

【0072】

また、この状態 (例えば 4 cm レンジ又は前回設定の X cm レンジに設定されている状態) で使用者がレンジ切換スイッチ 14 f f を一回操作すると、6 cm レンジ又は前回設定の X cm レンジの次の表示レンジが設定される。そして、このとき切り換え設定された表示レンジに応じた指示信号 (レンジ信号) が発生し、同様に制御部 14 a が対応するレンジ信号データを生成して、このレンジ信号データはデータ変換部 14 a a へと出力される。

【0073】

50

さらにここで、再度レンジ切換スイッチ 1 4 f f を操作すると、9 c m レンジ又は X c m レンジの次の次の表示レンジが設定される。そして、このとき切り換え設定された表示レンジに応じた指示信号（レンジ信号）が発生し、制御部 1 4 a により生成されたレンジ信号データはデータ変換部 1 4 a a へと出力される。

【0074】

以下同様に、表示レンジの切り換え設定が順に行なわれ、これに伴って設定された表示レンジに応じた指示信号（レンジ信号）が適宜発生し、そのレンジ信号データが制御部 1 4 a のデータ変換部 1 4 a a へと出力される。

【0075】

したがって、当該超音波観測装置 1 4 及び操作入力部 1 4 f が通電状態になった時点においては、レンジ切換スイッチ 1 4 f f からは表示レンジに関する何らかの指示信号が発生している状態となる。

【0076】

換言すれば、このステップ S 1 の処理において制御部 1 4 a は、超音波観測装置 1 4 及び操作入力部 1 4 f が通電状態となったか、又は通電状態とされた後にレンジ切換スイッチ 1 4 f f が使用者により操作されることで発生するいずれかのレンジ信号の監視を行なっている。

【0077】

このように、上述のステップ S 1 の処理において制御部 1 4 a は、レンジ切換スイッチ 1 4 f f からのいずれかのレンジ信号を受けると、次のステップ S 2 の処理に進み、このステップ S 2 において、当該制御部 1 4 a は、上述のステップ S 1 でレンジ切換スイッチ 1 4 f f から受けたレンジ信号をデータ化する。そして、そのレンジ信号データがいずれの表示レンジを表わすものであるかの判断を行なう。これと共に、そのレンジ信号データに対応する表示レンジ、即ち現在設定されている表示レンジと所定の閾値 n との比較を行なう。ここで、現在設定されている表示レンジの値 < 所定の閾値 n の条件を満たす場合、即ち設定されているレンジ信号データが閾値 n よりも小であると判断された場合には、ステップ S 3 の処理に進む。また、設定されているレンジ信号データが閾値 n よりも大であると判断された場合には、ステップ S 4 の処理に進む。

【0078】

なお、本実施形態においては、設定されている表示レンジが 4 c m レンジ又は 6 c m レンジ又は 9 c m レンジのいずれかであると判断された場合には、制御部 1 4 a は、設定されている表示レンジのデータが閾値 n よりも小であると判断して、ステップ S 3 の処理に進む。また、これ以外の場合、即ち設定されている表示レンジが 1 2 c m レンジであると判断された場合には、設定されている表示レンジのデータが閾値 n よりも大であると判断して、ステップ S 4 の処理へと進む。

【0079】

次のステップ S 3 において、制御部 1 4 a は、受信したレンジ信号データをその内部のデータ変換部 1 4 a a へ送り、そのレンジ信号データに応じたモータ回転速度データに変換する。このモータ回転速度データは、表示レンジに応じて駆動モータ 3 7 を駆動制御するための回転速度等に関するデータである。つまり、その回転速度にて駆動モータ 3 7 を駆動制御した時に生成される超音波断層画像のフレームレートに関するフレームレートデータでもある。

【0080】

したがって、このステップ S 3 において生成されるモータ回転速度データ（フレームレートデータ）は、表示レンジが 4 c m レンジ又は 6 c m レンジ又は 9 c m レンジに設定したときに対応する駆動モータ 3 7 の回転速度に関するデータである。

【0081】

一般的な超音波内視鏡 1 においては、短い距離の表示レンジが設定された場合には、駆動モータ 3 7 を高速に回転させても、超音波観測装置 1 4 はその送受信信号を確実に処理することができる。そして、超音波振動子 3 1 を高速回転によって回転させることで、常

10

20

30

40

50

に良好な超音波断層画像を確実に生成し得ることになる。

【0082】

なお、本実施形態に適用される超音波内視鏡1の先端部に設けられる駆動モータ37は、その回転速度を、例えば高速回転モードと低速回転モードとの二段階に切り換えることができるようにされている。

【0083】

したがって、このステップS3においては、制御部14aのデータ変換部14aaは、受信したレンジ信号データを受けて駆動モータ37を高速回転モードで動作制御させるべく、フレームレート = highの高速モードデータを生成する。

【0084】

こうして生成されたフレームレート = highの高速モードデータは、当該制御部14aからモータ制御部14gへと出力される。その後、制御部14aは、図6の表示レンジ設定処理のシーケンスを終了する(END)。

【0085】

一方、ステップS4において制御部14aは、上述のステップS3の処理と同様に受信したレンジ信号データをその内部のデータ変換部14aaへ送り、そのレンジ信号データに応じたモータ回転速度データに変換する。このステップS4において生成されるモータ回転速度データは、表示レンジが12cmレンジに設定したときに対応する駆動モータ37の回転速度に関するデータである。即ち、制御部14aのデータ変換部14aaは、受信したレンジ信号データを受けて駆動モータ37を低速回転モードで動作制御させるべく、フレームレート = lowの低速モードデータを生成する。

【0086】

こうして生成されたフレームレート = lowの低速モードデータは、当該制御部14aからモータ制御部14gへと出力される。その後、制御部14aは、図6の表示レンジ設定処理のシーケンスを終了する(END)。

【0087】

なお、上述のステップS3及びステップS4の両処理において生成されたフレームレートに関するモードデータを受けたモータ制御部14gは、当該データに基づいて駆動モータ37の駆動制御処理を実行し得る状態になる。こうして、表示レンジ設定に関する準備設定操作は完了する。

【0088】

以上説明したように上記一実施形態によれば、超音波振動子31とスリップリング(回転型信号伝達手段)35とエンコーダ(回転位置検出手段)36と駆動モータ(回転駆動手段)37等をユニットハウジング38によって一体に構成した超音波観察ユニット24を内視鏡挿入部2の先端部本体21aに配設したラジアル走査型の超音波内視鏡1と、超音波観測装置14とからなる超音波診断装置において、観察診断を行うのに先立って、超音波観測装置14に設けられる操作入力部14fのレンジ切換スイッチ14ffを用いて、超音波振動子31から放射される超音波の到達範囲が所望の表示レンジとなるように切り換え、その選択設定操作を行なうと、この操作入力部14fからの指示信号を受けて制御部14aは、設定された表示レンジに応じたフレームレートにて超音波断層画像を生成すべくモータ制御部14gによる駆動モータ37の回転速度の駆動制御を行ない得る状態にする。

【0089】

つまり、本超音波診断装置においては、使用者が選択した所望の表示レンジに応じて適切なフレームレートに切り換わるように駆動モータ37の回転速度モードを自動的に切り換える制御が行なわれる。したがって、これにより超音波観察診断を実行した際には、常に良好な超音波断層画像を確実に生成することができる。

【0090】

なお、上述の一実施形態において、レンジ切換スイッチ14ffは、これを操作する毎に各表示レンジが順に設定されるようにしているが、これに限らず、例えばレンジ切換ス

10

20

30

40

50

スイッチ 14ff を設定し得る表示レンジに対応する数だけ設けることで、所望の表示レンジを直接的に設定し得るように構成することもできる。

【0091】

また、上述の一実施形態においては、表示レンジに応じて駆動モータ 37 の回転速度モードを高速回転モードと低速回転モードとの二段階に切り換える制御を行なっている。この場合における切り換えは、設定されている表示レンジが 4cm レンジ又は 6cm レンジ又は 9cm レンジのいずれかであるときには高速回転モードに、12cm レンジであるときには低速回転モードとなるように制御される。

【0092】

しかしながら、回転速度モードの切り換えについては、この例に限らず例えば 1 ~ 4cm レンジでは高速回転モードとし、6 ~ 9cm レンジでは中速回転モードとし、12cm レンジでは低速回転モードとなるような制御を行なうようにしてもよい。また、これとは別に、1 ~ 12cm レンジまでの間で設定し得る全ての表示レンジに応じて駆動モータの回転速度を適宜変化させるような制御を行なうようにしてもよい。

【0093】

[付記]

上記発明の実施形態により、以下のような構成の発明を得ることができる。

【0094】

(1)

超音波を送受信する超音波振動子と、この超音波振動子を機械的に回転させる回転駆動手段と、回転状態にある上記超音波振動子と信号の授受を行なう回転型信号伝達手段と、上記超音波振動子の回転位置を検出する回転位置検出手段とを一体に構成した超音波観察ユニットを、体腔内に挿入すべく構成された内視鏡挿入部の先端部本体に配設したラジアル走査型の超音波内視鏡と、この超音波内視鏡からの信号を受けて超音波断層画像を生成する超音波観測装置とを具備して構成される超音波診断装置において、上記超音波観測装置は、モニタ上の表示レンジを切り換えて選択設定するための操作入力部と、この操作入力部からの指示信号を受けてレンジ信号データを生成し、このレンジ信号データに基づいてフレームレートデータを生成し出力する制御部と、このフレームレートデータに基づいて駆動モータの回転速度の駆動制御を行なうモータ制御部とを具備する超音波診断装置。

【0095】

(2)

付記(1)に記載の超音波診断装置において、上記レンジ切換スイッチによって設定し得る表示レンジのうち短距離側の表示レンジが設定されたときには、上記モータ制御部は上記駆動モータを高速側で回転させる駆動制御を行ない、上記レンジ切換スイッチによって設定し得る表示レンジのうち長距離側の表示レンジが設定されたときには、上記モータ制御部は上記駆動モータを低速側で回転させる駆動制御が行なわれるように上記制御部による制御がなされる超音波診断装置。

【0096】

(3)

付記(1)に記載の超音波診断装置において、上記モータ制御部は、上記レンジ切換スイッチによって設定し得る表示レンジのうち短距離側の表示レンジが設定されたときには上記駆動モータを高速側で回転させる駆動制御を行ない、上記レンジ切換スイッチによって設定し得る表示レンジのうち中距離領域の表示レンジが設定されたときには上記駆動モータを中速で回転させる駆動制御を行ない、上記レンジ切換スイッチによって設定し得る表示レンジのうち長距離側の表示レンジが設定されたときには上記駆動モータを低速側で回転させる駆動制御を行なうように上記制御部による制御がなされる超音波診断装置。

【0097】

10

20

30

40

50

(4)

付記 (1) に記載の超音波診断装置において、

上記モータ制御部は、

上記レンジ切換スイッチによって設定し得る複数の表示レンジのそれぞれに各対応した規定の速度で上記駆動モータを回転させる駆動制御を行なうように上記制御部による制御がなされる超音波診断装置。

【図面の簡単な説明】

【 0 0 9 8 】

【図 1】本発明の一実施形態の超音波診断装置の構成を示す概略構成図。

【図 2】図 1 の超音波診断装置における超音波観測装置の内部構成の概略を示すブロック構成図。 10

【図 3】図 1 の超音波診断装置に用いられる超音波内視鏡における先端硬質部とこれに装着される超音波観察ユニットを拡大して示す要部拡大断面図であって、両者が接続されていない状態を示す図。

【図 4】図 1 の超音波診断装置に用いられる超音波内視鏡における先端硬質部とこれに装着される超音波観察ユニットを拡大して示す要部拡大断面図であって、両者が接続されている状態を示す図。

【図 5】図 3 に示す超音波観察ユニットの A - A 線に沿う断面図。

【図 6】図 1 の超音波診断装置を使用する際の作用のうちレンジ切換スイッチによって表示レンジを設定する際の表示レンジ設定処理のシーケンスを示すフローチャート。 20

【符号の説明】

【 0 0 9 9 】

1 ... 超音波内視鏡

2 ... 挿入部 (内視鏡挿入部)

3 ... 操作部

1 4 ... 超音波観測装置

1 4 a ... 制御部

1 4 a a ... データ変換部

1 4 f ... 操作入力部

1 4 f f ... レンジ切換スイッチ 30

1 4 g ... モータ制御部

2 1 ... 先端硬質部 (内視鏡挿入部)

2 1 a ... 先端部本体 (内視鏡挿入部)

2 4 ... 超音波観察ユニット

3 1 ... 超音波振動子

3 4 ... 先端キャップ

3 5 ... スリップリング (回転型信号伝達手段)

3 6 ... エンコーダ (回転位置検出手段)

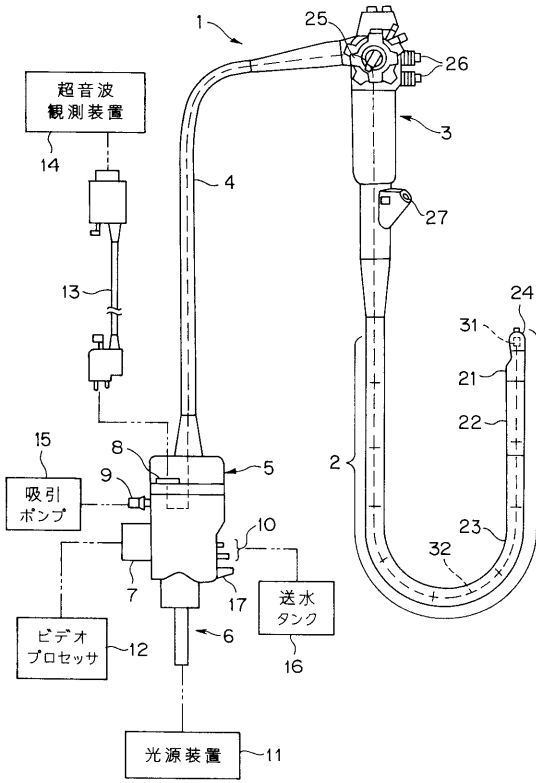
3 7 ... 駆動モータ (回転駆動手段)

3 8 ... ユニットハウジング (超音波観察ユニットハウジング) 40

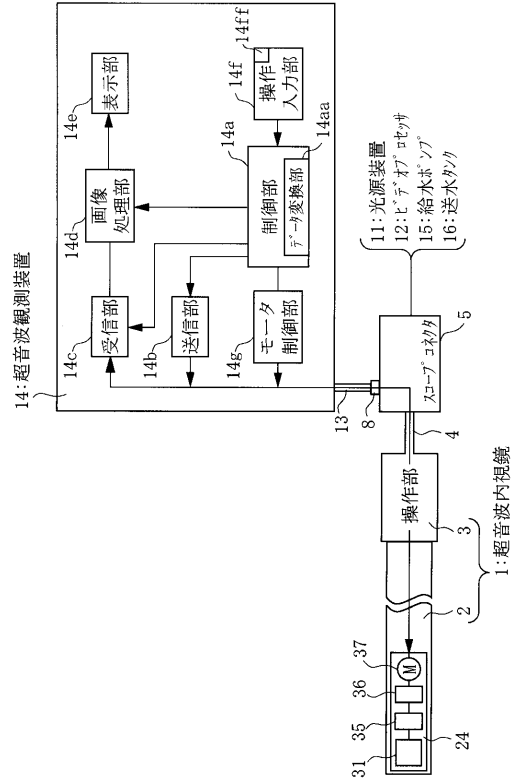
4 0 ... 超音波伝達媒体

代理人 弁理士 伊藤 進

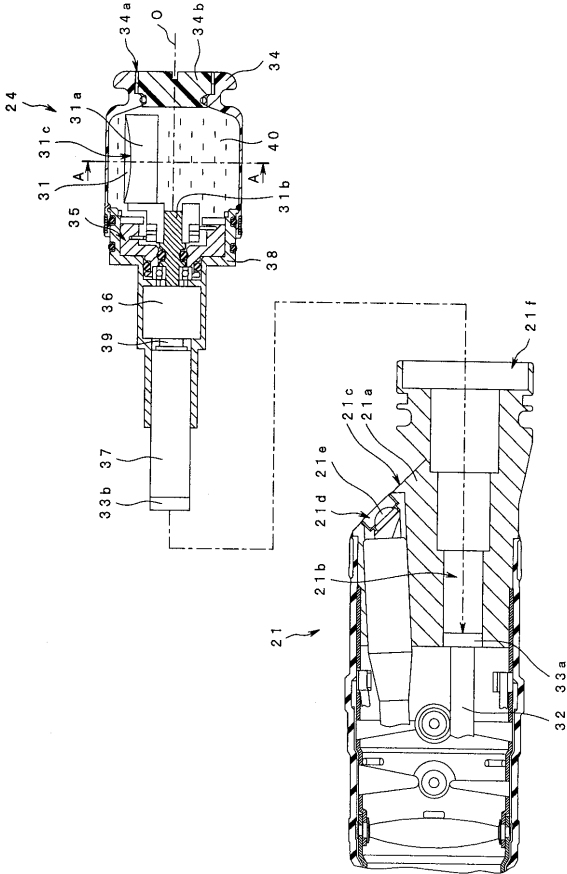
【図1】



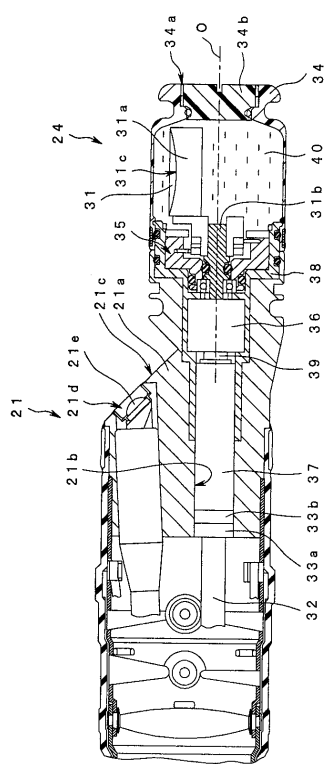
【図2】



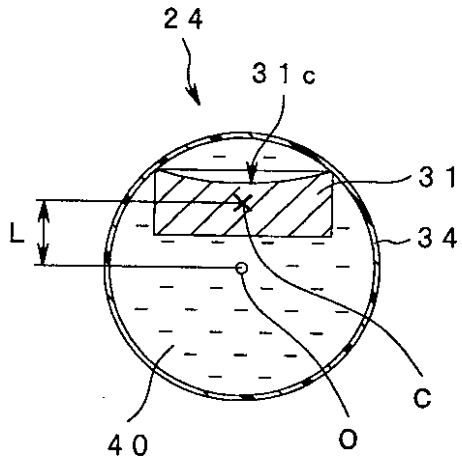
【図3】



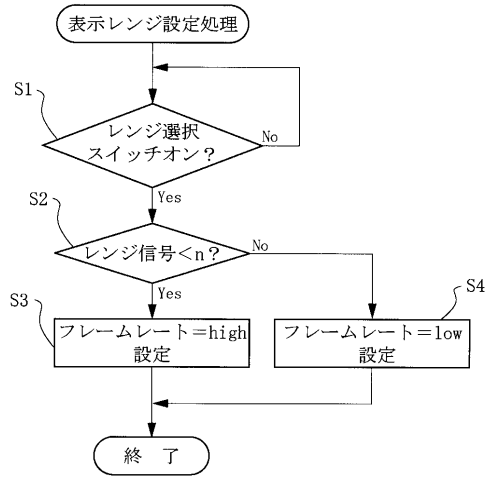
【図4】



【図5】



【図6】



专利名称(译)	超声诊断设备		
公开(公告)号	JP2005124919A	公开(公告)日	2005-05-19
申请号	JP2003365184	申请日	2003-10-24
[标]申请(专利权)人(译)	奥林巴斯株式会社		
申请(专利权)人(译)	奥林巴斯公司		
[标]发明人	内田 优子		
发明人	内田 优子		
IPC分类号	A61B8/12		
FI分类号	A61B8/12 A61B8/14		
F-TERM分类号	4C601/BB02 4C601/BB14 4C601/EE08 4C601/EE11 4C601/EE22 4C601/FE02 4C601/GA12 4C601/GA30		
代理人(译)	伊藤 进		
其他公开文献	JP4339662B2		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

要解决的问题：提供一个超声波检查仪，可以根据指定的显示范围自动切换到合适的帧率，并确实生成一个持续良好的超声波断层图像。解决方案：超声波检查仪包括超声波内窥镜1，其具有通过组合发送和接收超声波的超声波换能器31形成的超声波监测单元24，旋转超声波换能器的旋转驱动装置37，给予/接收信号的旋转信号通信装置35 /来自超声波换能器的旋转状态，以及旋转位置检测装置36，检测超声波换能器在内窥镜的插入部分2的端部件21a上的旋转位置；超声波观察装置14根据来自超声波内窥镜的信号生成超声波断层图像。超声波观察装置包括操作输入部分14f，用于切换，选择和指定显示范围；控制部分14a根据来自操作输入部分的指示信号产生范围信号数据，并根据范围信号数据产生和输出帧速率数据；电动机控制部分14g根据帧速率数据控制驱动电动机转速的驱动。之

