

(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2012-249984

(P2012-249984A)

(43) 公開日 平成24年12月20日(2012.12.20)

(51) Int.Cl.
A61B 8/00 (2006.01)F1
A61B 8/00テーマコード(参考)
4C601

審査請求 未請求 請求項の数 7 O L (全 13 頁)

(21) 出願番号 特願2011-126856 (P2011-126856)
(22) 出願日 平成23年6月7日(2011.6.7)(71) 出願人 303000420
コニカミノルタエムジー株式会社
東京都日野市さくら町1番地
(74) 代理人 110001254
特許業務法人光陽国際特許事務所
(72) 発明者 加藤 美樹
東京都日野市さくら町1番地 コニカミノ
ルタエムジー株式会社内
Fターム(参考) 4C601 EE11 EE13 EE15 GA01 GB18
GD04 LL21

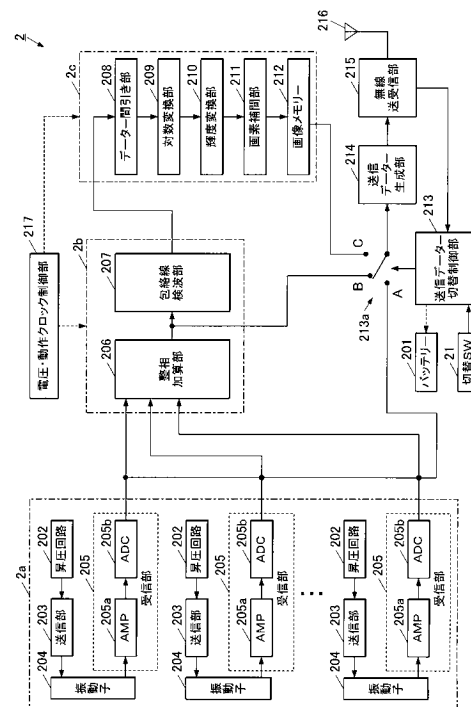
(54) 【発明の名称】 超音波探触子

(57) 【要約】

【課題】様々な仕様の超音波画像診断装置に適用可能な、汎用性の高い超音波探触子を提供する。

【解決手段】送受信部2aは、被検体からの超音波を受信して複数チャンネルの受信信号を得る。整相加算部206は、チャンネル毎の受信信号を整相加算する。画像生成部2cは、整相加算後の受信信号に基づき、超音波診断画像を表示するための超音波診断画像データ生成部214を生成する。送信データ切替制御部213及び送信データ切替スイッチ213aは、チャンネル毎の受信信号、音線データ及び超音波診断画像データのうちの少なくとも2以上から何れかを伝送対象として選択する。無線送受信部215は、送信データ切替制御部213及び送信データ切替スイッチ213aによって選択された伝送対象を伝送する。

【選択図】図2



【特許請求の範囲】**【請求項 1】**

被検体からの超音波を受信して複数チャンネルの受信信号を得る受信部と、
前記チャンネル毎の受信信号を整相加算する整相加算部と、
前記整相加算後の受信信号に基づき、超音波診断画像を表示するための画像データを生成する画像生成部と、
前記チャンネル毎の受信信号、前記整相加算後の受信信号、及び、前記画像データのうちの少なくとも 2 以上から何れかを伝送対象として選択する伝送対象選択部と、
前記伝送対象選択部によって選択された伝送対象を伝送する伝送部と、
を備えたことを特徴とする超音波探触子。

10

【請求項 2】

操作者によって切り替え操作可能な切替スイッチを備え、
前記伝送対象選択部は、前記切替スイッチによる操作に応じて伝送対象の選択を行うことを特徴とする請求項 1 に記載の超音波探触子。

【請求項 3】

超音波探触子の各部を動作させるための動力源としてバッテリーを備え、
前記伝送対象選択部は、前記バッテリーの残量に応じて伝送対象の選択を行うことを特徴とする請求項 1 に記載の超音波探触子。

【請求項 4】

前記伝送対象選択部は、前記伝送対象の伝送先である超音波画像診断装置本体との伝送状態に応じて伝送対象の選択を行うことを特徴とする請求項 1 に記載の超音波探触子。

20

【請求項 5】

前記伝送対象の伝送先である超音波画像診断装置本体からの伝送信号を受信する伝送信号受信部を備え、
前記伝送対象選択部は、前記伝送信号受信部によって伝送対象を指示する旨の伝送対象指示信号を前記超音波画像診断装置本体から受信したときに、該受信した伝送対象指示信号に対応した伝送対象の選択を行うことを特徴とする請求項 1 に記載の超音波探触子。

【請求項 6】

前記伝送対象選択部によって選択された伝送対象から、前記整相加算部及び前記画像生成部のうち、電力の供給を制限させる対象を選択し、該選択された対象に対する電力の供給を制限する電力制御部を備えたことを特徴とする請求項 1 ～ 5 の何れか一項に記載の超音波探触子。

30

【請求項 7】

前記伝送対象選択部によって選択された伝送対象から、前記整相加算部及び前記画像生成部のうち、動作クロックの周波数を低下させる対象を選択し、該選択された対象に対して供給される動作クロック信号の周波数を、駆動させるための所定の駆動周波数から、該駆動周波数よりも低周波数である所定の待機周波数に変更する動作クロック制御部を備えたことを特徴とする請求項 1 ～ 5 の何れか一項に記載の超音波探触子。

【発明の詳細な説明】**【技術分野】**

40

【0001】

本発明は、超音波探触子に関する。

【背景技術】**【0002】**

従来、超音波探触子で得られた超音波データ等を装置本体へ無線伝送するワイヤレス型の超音波画像診断装置が知られている。

【0003】

このような超音波画像診断装置では、伝送元である超音波探触子において、取得した超音波データを、伝送先の装置本体において処理可能な一定のデータ形式に変換した後に、装置本体に伝送する（例えば、特許文献 1）。

50

【先行技術文献】

【特許文献】

【0004】

【特許文献1】特開2009-291515号公報

【発明の概要】

【発明が解決しようとする課題】

【0005】

しかしながら、上記特許文献1に記載された技術では、超音波探触子は、伝送先の装置本体の仕様に対応して、伝送するデータ形式が予め定められていたため、当該装置本体あるいはこれと同等の仕様である装置本体にしか対応することができず、汎用性の低いものであった。

10

【0006】

本発明の課題は、様々な仕様の超音波画像診断装置に適用可能な、汎用性の高い超音波探触子を提供することである。

【課題を解決するための手段】

【0007】

以上の課題を解決するため、請求項1に記載の発明は、超音波探触子において、被検体からの超音波を受信して複数チャンネルの受信信号を得る受信部と、前記チャンネル毎の受信信号を整相加算する整相加算部と、前記整相加算後の受信信号に基づき、超音波診断画像を表示するための画像データを生成する画像生成部と、前記チャンネル毎の受信信号、前記整相加算後の受信信号、及び、前記画像データのうちの少なくとも2以上から何れかを伝送対象として選択する伝送対象選択部と、前記伝送対象選択部によって選択された伝送対象を伝送する伝送部と、を備えたことを特徴とする。

20

【0008】

請求項2に記載の発明は、請求項1に記載の超音波探触子において、操作者によって切り替え操作可能な切替スイッチを備え、前記伝送対象選択部は、前記切替スイッチによる操作に応じて伝送対象の選択を行うことを特徴とする。

30

【0009】

請求項3に記載の発明は、請求項1に記載の超音波探触子において、超音波探触子の各部を動作させるための動力源としてバッテリーを備え、前記伝送対象選択部は、前記バッテリーの残量に応じて伝送対象の選択を行うことを特徴とする。

【0010】

請求項4に記載の発明は、請求項1に記載の超音波探触子において、前記伝送対象選択部は、前記伝送対象の伝送先である超音波画像診断装置本体との伝送状態に応じて伝送対象の選択を行うことを特徴とする。

【0011】

40

請求項5に記載の発明は、請求項1に記載の超音波探触子において、前記伝送対象の伝送先である超音波画像診断装置本体からの伝送信号を受信する伝送信号受信部を備え、前記伝送対象選択部は、前記伝送信号受信部によって伝送対象を指示する旨の伝送対象指示信号を前記超音波画像診断装置本体から受信したときに、該受信した伝送対象指示信号に対応した伝送対象の選択を行うことを特徴とする。

【0012】

請求項6に記載の発明は、請求項1～5の何れか一項に記載の超音波探触子において、前記伝送対象選択部によって選択された伝送対象から、前記整相加算部及び前記画像生成部のうち、電力の供給を制限させる対象を選択し、該選択された対象に対する電力の供

50

給を制限する電力制御部を備えたことを特徴とする。

【 0 0 1 3 】

請求項 7 に記載の発明は、請求項 1 ～ 5 の何れか一項に記載の超音波探触子において、前記伝送対象選択部によって選択された伝送対象から、前記整相加算部及び前記画像生成部のうち、動作クロックの周波数を低下させる対象を選択し、該選択された対象に対して供給される動作クロック信号の周波数を、駆動させるための所定の駆動周波数から、該駆動周波数よりも低周波数である所定の待機周波数に変更する動作クロック制御部を備えたことを特徴とする。

【発明の効果】

【 0 0 1 4 】

本発明によれば、様々な仕様の超音波画像診断装置に適用可能な、汎用性の高い超音波探触子とすることができる。

【図面の簡単な説明】

【 0 0 1 5 】

【図 1】超音波画像診断装置の外観構成を示す図である。

【図 2】超音波探触子の概略構成を示すブロック図である。

【図 3】超音波画像診断装置本体の概略構成を示すブロック図である。

【発明を実施するための形態】

【 0 0 1 6 】

以下、本発明の実施の形態に係る超音波画像診断装置について、図面を参照して説明する。ただし、発明の範囲は図示例に限定されない。なお、以下の説明において、同一の機能及び構成を有するものについては、同一の符号を付し、その説明を省略する。

【 0 0 1 7 】

本発明の実施の形態に係る超音波画像診断装置 S は、図 1 に示すように、超音波画像診断装置本体 1 と超音波探触子 2 とを備えている。超音波探触子 2 は、図示しない生体等の被検体に対して超音波（送信超音波）を送信するとともに、この被検体で反射した超音波の反射波（反射超音波：エコー）を受信する。超音波探触子 2 は、超音波画像診断装置本体 1 と無線によるデータの送受信が可能に構成されている。なお、無線通信の方式は既知の何れのものも採用可能であるが、本実施の形態では、例えば、国際規格「IEEE802.11 n」を適用している。超音波探触子 2 は、受信した反射超音波から電気信号である受信信号を取得し、この受信信号を A / D 変換して所定の送信形式にデータ変換した後、超音波画像診断装置本体 1 に無線伝送する。また、超音波探触子 2 は、操作者によって切り替え操作可能な切替スイッチ 2 1 を備えている。切替スイッチ 2 1 は、例えば、スライドスイッチであるが、リミットスイッチ、トグルスイッチ等、操作者によって切り替え操作可能なものであれば、何れの態様のものであってもよい。

【 0 0 1 8 】

超音波画像診断装置本体 1 は、超音波探触子 2 から伝送されたデータに基づいて被検体内の内部状態を超音波診断画像として画像化し、表示部 1 0 7 に表示するものである。また、超音波画像診断装置本体 1 は、操作入力部 1 0 8 を備えており、操作入力部 1 0 8 の操作に応じた情報を超音波探触子 2 に無線伝送することができる。

【 0 0 1 9 】

超音波探触子 2 は、図 2 に示すように、例えば、バッテリー 2 0 1 と、昇圧回路 2 0 2 と、送信部 2 0 3 と、振動子 2 0 4 と、受信部 2 0 5 と、整相加算部 2 0 6 と、包絡線検波部 2 0 7 と、データ間引き部 2 0 8 と、対数変換部 2 0 9 と、輝度変換部 2 1 0 と、画素補間部 2 1 1 と、画像メモリー 2 1 2 と、送信データ切替制御部 2 1 3 と、送信データ生成部 2 1 4 と、無線送受信部 2 1 5 と、アンテナ 2 1 6 と、電圧・動作クロック制御部 2 1 7 とを備えている。

【 0 0 2 0 】

バッテリー 2 0 1 は、超音波探触子 2 を構成する各部に電源を供給する。バッテリー 2 0 1 は、例えば、超音波探触子 2 を超音波画像診断装置本体 1 の図示しないホルダーに装

10

20

30

40

50

着することにより、給電される。

【 0 0 2 1 】

昇圧回路 2 0 2 は、バッテリー 2 0 1 から供給された電源電圧を、超音波探触子 2 を駆動可能な 6 0 V ~ 1 5 0 V 程度の電圧まで昇圧し、送信部 2 0 3 に昇圧された電源を供給するための回路である。

【 0 0 2 2 】

送信部 2 0 3 は、振動子 2 0 4 に電気信号である駆動信号を供給して振動子 2 0 4 に送信超音波を発生させる回路である。振動子 2 0 4 は、例えば、圧電素子からなり、一次元アレイ状に複数配列されており、それぞれ、送信超音波を出力した後、反射超音波を受信すると受信信号を受信部 2 0 5 に出力する。本実施の形態では、例えば、1 9 2 個の振動子 2 0 4 が配列されている。なお、振動子は、二次元アレイ状に配列されてもよい。また、振動子の個数は、任意に設定することができる。また、本実施の形態では、超音波探触子 2 について、リニア電子スキャンプローブを採用したが、電子走査方式あるいは機械走査方式の何れを採用してもよく、また、リニア走査方式、セクタ走査方式あるいはコンベックス走査方式の何れの方式を採用することもできる。送信部 2 0 3 は、例えば、送信 B F (Beam Forming) 制御回路を備えており、駆動信号の送信タイミングを振動子毎に対応した個別経路毎に遅延時間を設定し、設定された遅延時間だけ駆動信号の送信を遅延させて送信超音波によって構成される送信ビームの集束を行う。

10

【 0 0 2 3 】

受信部 2 0 5 は、A M P (Amplifier) 2 0 5 a、A D C (Analog to Digital Converter) 2 0 5 b を備えて構成されている。受信部 2 0 5 は、複数の振動子のそれぞれに対応して複数設けられている。

20

A M P 2 0 5 a は、受信信号を、振動子毎に対応した個別経路毎に、予め設定された所定の増幅率で増幅させるための回路である。A D C 2 0 5 b は、増幅された受信信号を所定周波数 (例えば、6 0 M H z) にてサンプリングして A / D 変換し、出力する。

【 0 0 2 4 】

本実施の形態では、以上のようにして構成された昇圧回路 2 0 2、送信部 2 0 3、振動子 2 0 4 及び受信部 2 0 5 によって送受信部 2 a を構成している。

【 0 0 2 5 】

整相加算部 2 0 6 は、A D C 2 0 5 b によって A / D 変換された受信信号に対して、振動子毎に対応した個別経路毎に遅延時間を与えて時相を整え、これらを加算 (整相加算) して音線データを生成し、出力する。

30

包絡線検波部 2 0 7 は、整相加算部 2 0 6 より出力された音線データに対して全波整流を行い、包絡線データを得る。包絡線検波部 2 0 7 は、取得した包絡線データをデータ間引き部 2 0 8 に出力する。

本実施の形態では、以上のようにして構成された整相加算部 2 0 6 及び包絡線検波部 2 0 7 によって音線データ生成部 2 b を構成している。

【 0 0 2 6 】

データ間引き部 2 0 8 は、超音波画像診断装置本体 1 の表示部 1 0 7 に表示する画像サイズに応じて、包絡線データの距離方向 (深度方向) に対するデータの間引きを行う。

40

対数変換部 2 0 9 は、入力した包絡線データに対して対数増幅を行う。このとき、ゲインやダイナミックレンジの調整等を行ってもよい。

輝度変換部 2 1 0 は、対数増幅された包絡線データの示す信号の大きさを 2 5 6 階調に量子化する振幅 / 輝度変換を行って B モード画像データを生成する。すなわち、B モード画像データは、受信信号の強さを輝度によって表したものである。

画素補間部 2 1 1 は、超音波画像診断装置本体 1 の表示部 1 0 7 に表示する画像サイズに応じて、B モード画像データの方位方向に配置する補間画素のデータである補間画素データを生成する。

画像メモリー 2 1 2 は、例えば、D R A M (Dynamic Random Access Memory) などの半

50

導体メモリーによって構成されており、画素補間部 2 1 1 から送信された B モード画像データ及び補間画素データをフレーム単位で記憶する。すなわち、画像メモリー 2 1 2 は、フレーム単位で構成された超音波診断画像データとして記憶することができる。

本実施の形態では、以上のようにして構成されたデータ間引き部 2 0 8、対数変換部 2 0 9、輝度変換部 2 1 0、画素補間部 2 1 1 及び画像メモリー 2 1 2 によって画像生成部 2 c を構成している。

【0027】

送信データ切替制御部 2 1 3 は、送信データ切替スイッチ 2 1 3 a の位置を切り替えることによって、無線伝送の対象として送信データ生成部 2 1 4 に入力するデータの切り替えを行う。具体的には、送信データ切替制御部 2 1 3 は、送信データ切替スイッチ 2 1 3 a の位置を「A」とすることにより、ADC 2 0 5 b から出力された A/D 変換後のチャンネル毎の受信信号を無線伝送の対象として送信データ生成部 2 1 4 に入力する。また、送信データ切替制御部 2 1 3 は、送信データ切替スイッチ 2 1 3 a の位置を「B」とすることにより、整相加算部 2 0 6 から出力された音線データを無線伝送の対象として送信データ生成部 2 1 4 に入力する。また、送信データ切替制御部 2 1 3 は、送信データ切替スイッチ 2 1 3 a の位置を「C」とすることにより、超音波診断画像データを無線伝送の対象として送信データ生成部 2 1 4 に入力する。このように、本実施の形態では、送信データ切替制御部 2 1 3 及び送信データ切替スイッチ 2 1 3 a によって伝送対象選択部を構成している。なお、本実施の形態では、後述する切替条件のうちの何れか一つのみを選択的に機能させるように構成するが、複数の切替条件を機能させることももちろん可能である。

10

20

【0028】

送信データ切替制御部 2 1 3 は、切替スイッチ 2 1 に接続されている。切替スイッチ 2 1 は、スイッチの位置に応じた信号を送信データ切替制御部 2 1 3 に出力する。送信データ切替制御部 2 1 3 は、切替スイッチ 2 1 からの信号を切替条件とし、これに応じて送信データ切替スイッチ 2 1 3 a の位置を切り替えることができる。

また、送信データ切替制御部 2 1 3 は、バッテリー 2 0 1 の残量を検出することができ、残量の検出結果を切替条件とし、残量に応じて送信データ切替スイッチ 2 1 3 a の位置を切り替えることができる。例えば、送信データ切替制御部 2 1 3 は、バッテリー 2 0 1 の残量が 60% 以下となったことを検出したときは、送信データ切替スイッチ 2 1 3 a の位置を「B」にし、バッテリー 2 0 1 の残量が 40% 以下となったことを検出したときは、送信データ切替スイッチ 2 1 3 a の位置を「A」にして、処理負荷を軽減させてバッテリーの消費を抑制させることができる。

30

【0029】

送信データ生成部 2 1 4 は、送信データ切替スイッチ 2 1 3 a から入力されたデータを所定の送信形式に変換して送信データを生成し、無線送受信部 2 1 5 に出力する。このとき、超音波画像診断装置本体 1 と超音波探触子 2 との無線伝送状態を判断するために、誤り訂正符号を付加する。なお、誤り訂正符号を付加しないようにしてもよい。

【0030】

無線送受信部 2 1 5 は、送信データ生成部 2 1 4 から出力された送信データに対して所定の変調処理を施し、アンテナ 2 1 6 を介して超音波画像診断装置本体 1 に無線伝送する。また、無線送受信部 2 1 5 は、超音波画像診断装置本体 1 から無線伝送された、後述する伝送対象指示情報や伝送状態情報を、アンテナ 2 1 6 を介して受信し、受信したこれらの情報を復調して送信データ切替制御部 2 1 3 に出力する。

40

【0031】

電力制御部及び動作クロック制御部としての電圧・動作クロック制御部 2 1 7 は、送信データ切替制御部 2 1 3 による送信データ切替スイッチ 2 1 3 a の切り替え位置に対応して、音線データ生成部 2 b 及び画像生成部 2 c に対する電力の供給の制限、又は、音線データ生成部 2 b 及び画像生成部 2 c に供給される動作クロック信号の周波数の制御を行う。電圧・動作クロック制御部 2 1 7 は、電力供給の制限及び動作クロック周波数

50

の制御の何れか一方を選択して実施することができる。なお、電圧・動作クロック制御部 2 1 7 に代えて、電力供給の制限を行う電力制御部及び動作クロック周波数の制御を行う動作クロック制御部の何れか一方のみ備えた態様としてもよい。また、電力制御部及び動作クロック制御部の何れも備えない構成であってもよい。

【0032】

ここで、電圧・動作クロック制御部 2 1 7 によって電力の供給の制限を行う場合の動作について説明する。

電圧・動作クロック制御部 2 1 7 は、送信データ切替制御部 2 1 3 によって送信データ切替スイッチ 2 1 3 a が「A」の位置とされた場合には、音線データ生成部 2 b 及び画像生成部 2 c に対する電力の供給を停止させる。これは、送信データ切替制御部 2 1 3 によって、無線伝送の対象として A / D 変換後の受信信号が選択されることにより、整相加算処理や画像生成処理が不要となるため、これらの処理を実施する各部構成について動作を停止させることにより省電力を図る。

また、電圧・動作クロック制御部 2 1 7 は、同様に、送信データ切替制御部 2 1 3 によって送信データ切替スイッチ 2 1 3 a が「B」の位置とされた場合には、音線データが無線伝送の対象として選択され、画像生成部 2 c による画像生成処理が不要となるため、画像生成部 2 c に対する電力の供給を停止させる。

一方、電圧・動作クロック制御部 2 1 7 は、送信データ切替制御部 2 1 3 によって送信データ切替スイッチ 2 1 3 a が「C」の位置とされた場合には、音線データ生成部 2 b 及び画像生成部 2 c の何れに対しても電力の供給を行う。

【0033】

次に、電圧・動作クロック制御部 2 1 7 によって動作クロック周波数の制御を行う場合の動作について説明する。

電圧・動作クロック制御部 2 1 7 は、送信データ切替制御部 2 1 3 によって送信データ切替スイッチ 2 1 3 a が「A」の位置とされた場合には、音線データ生成部 2 b 及び画像生成部 2 c に供給される動作クロック信号の周波数を通常の駆動周波数から、当該駆動周波数よりも低周波数である待機周波数に変更する。具体的には、例えば、水晶発振器から出力されるクロック信号を通常駆動用の分周回路と待機用の分周回路とに切り替えることにより実現することができる。待機周波数は、例えば、駆動周波数の $1/2 \sim 1/8$ に設定するが、これに限定されない。以上のように構成することによっても省電力を図ることができる。

また、電圧・動作クロック制御部 2 1 7 は、同様に、送信データ切替制御部 2 1 3 によって送信データ切替スイッチ 2 1 3 a が「B」の位置とされた場合には、画像生成部 2 c に供給される動作クロック信号の周波数を通常の駆動周波数から待機周波数に変更する。

一方、電圧・動作クロック制御部 2 1 7 は、送信データ切替制御部 2 1 3 によって送信データ切替スイッチ 2 1 3 a が「C」の位置とされた場合には、音線データ生成部 2 b 及び画像生成部 2 c の何れに供給される動作クロック信号の周波数についても通常の駆動周波数にする。

【0034】

超音波画像診断装置本体 1 は、図 3 に示すように、例えば、無線送受信部 1 0 1 と、アンテナ 1 0 2 と、整相加算部 1 0 3 と、画像生成部 1 0 4 と、メモリー部 1 0 5 と、D S C (Digital Scan Converter) 1 0 6 と、表示部 1 0 7 と、操作入力部 1 0 8 と、制御部 1 0 9 とを備えて構成されている。

【0035】

制御部 1 0 9 は、例えば、C P U (Central Processing Unit)、R O M (Read Only Memory)、R A M (Random Access Memory) を備えて構成され、R O M に記憶されているシステムプログラム等の各種処理プログラムを読み出して R A M に展開し、展開したプログラムに従って超音波画像診断装置 S の各部の動作を集中制御する。

R O M は、半導体等の不揮発メモリー等により構成され、超音波画像診断装置 S に対応

10

20

30

40

50

するシステムプログラム及び該システムプログラム上で実行可能な各種処理プログラムや、各種データ等を記憶する。これらのプログラムは、コンピュータが読み取り可能なプログラムコードの形態で格納され、CPUは、当該プログラムコードに従った動作を逐次実行する。

RAMは、CPUにより実行される各種プログラム及びこれらプログラムに係るデータを一時的に記憶するワークエリアを形成する。

【0036】

無線送受信部101は、制御部109の指示により、超音波探触子2から無線伝送された送信データを、アンテナ102を介して受信して復調する。制御部109は、受信した送信データがA/D変換後のチャンネル毎の受信信号である場合には、無線送受信部101に指示して、復調後の送信データを整相加算部103に出力する。また、制御部109は、受信した送信データが音線データである場合には、無線送受信部101に指示して、復調後の送信データを画像生成部104に出力する。また、制御部109は、受信した送信データが超音波診断画像データである場合には、無線送受信部101に指示して、復調後の送信データをメモリー部105に出力する。

10

【0037】

また、無線送受信部101は、受信した送信データを制御部109に出力する。制御部109は、この送信データに付加された誤り訂正符号に基づいて、データの誤り率を算出する。ここで、誤り率とは、超音波探触子2から無線伝送された送信データが、超音波画像診断装置本体1によって受信された際に、送信データについて、どのくらいデータが誤っているかを示す指標である。すなわち、超音波探触子2から超音波画像診断装置本体1への無線伝送中において、送信データが誤っている割合を示す値である。制御部109は、算出した誤り率から超音波画像診断装置本体1と超音波探触子2との伝送状態を判定する。伝送状態は、例えば、3段階に設定されている。制御部109は、無線送受信部101に指示して、判定した伝送状態を示す伝送状態情報を、アンテナ102を介して超音波探触子2に無線伝送する。超音波探触子2は、受信した伝送状態情報を切替条件とし、これに応じて、例えば、伝送状態が良好である旨を示す情報であれば、送信データ切替制御部213によって送信データ切替スイッチ213aの位置を「A」に切り替える。また、超音波探触子2は、伝送状態が良好でない旨を示す情報であれば、送信データ切替制御部213によって送信データ切替スイッチ213aの位置を「B」に切り替える。また、超音波探触子2は、受信した伝送状態情報に応じて、例えば、伝送状態が劣悪である旨を示す情報であれば、送信データ切替制御部213によって送信データ切替スイッチ213aの位置を「C」に切り替える。この場合において、さらに、送信データ切替制御部213によって上述したバッテリー201の残量の検出を行い、残量に応じた送信データ切替スイッチ213aの位置の切り替えを行うようにしてもよい。なお、制御部109は、送信データに付加された誤り訂正符号に基づいて、送信データの誤り訂正を行うようにしてもよい。

20

30

【0038】

整相加算部103は、A/D変換後のチャンネル毎の受信信号に対し整相加算して音線データを生成し、画像生成部104に出力する。整相加算の要領については、超音波探触子2の整相加算部206と同様であるため、詳しい説明については省略する。

40

【0039】

画像生成部104は、整相加算部103及び超音波探触子2によって生成された音線データに対して包絡線検波処理や対数増幅などを実施し、ダイナミックレンジやゲインの調整を行って輝度変換することにより、Bモード画像データを生成する。このようにして生成されたBモード画像データは、メモリー部105に送信される。

【0040】

メモリー部105は、例えば、DRAMなどの半導体メモリーによって構成されており、画像生成部104から送信されたBモード画像データをフレーム単位で記憶する。これにより、超音波診断画像データが生成される。また、メモリー部105は、超音波探

50

触子 2 において生成された超音波診断画像データについてもフレーム単位で記憶することができる。メモリー部 105 に記憶された超音波診断画像データは、制御部 109 の制御に従って、DSC 106 に送信される。

【0041】

DSC 106 は、メモリー部 105 より受信した超音波診断画像データをテレビジョン信号の走査方式による画像信号に変換し、表示部 107 に出力する。

【0042】

表示部 107 は、LCD (Liquid Crystal Display)、CRT (Cathode-Ray Tube) ディスプレイ、有機 EL (Electronic Luminescence) ディスプレイ、無機 EL ディスプレイ及びプラズマディスプレイ等の表示装置が適用可能である。表示部 107 は、DSC 106 から出力された画像信号に従って表示画面上に超音波診断画像の表示を行う。なお、表示装置に代えてプリンター等の印刷装置等を適用してもよい。

【0043】

操作入力部 108 は、例えば、診断開始を指示するコマンドや被検体の個人情報等のデータの入力などを行うための各種スイッチ、ボタン、トラックボール、マウス、キーボード等を備えており、操作信号を制御部 109 に出力する。ユーザーは、操作入力部 108 の操作により、超音波探触子 2 から無線伝送されるデータの対象を選択することができる。制御部 109 は、操作入力部 108 による選択操作に応じて、無線送受信部 101 に指示して、無線伝送の対象とするデータを指示する伝送対象指示情報を、アンテナ 102 を介して超音波探触子 2 に無線伝送する。超音波探触子 2 は、受信した伝送対象指示情報を切替条件とし、これに応じて、送信データ切替制御部 213 によって送信データ切替スイッチ 213a の位置を切り替えることができる。

【0044】

以上のようにして構成された超音波探触子 2 の有用性について説明する。

【0045】

図 2 に示すように、A/D 変換後のチャンネル毎の受信データ、音線データ、及び、超音波診断画像データは、それぞれ、データ形式が異なっており、また、データサイズも異なっている。そのため、必要な伝送レートも異なる。例えば、A/D 変換後のチャンネル毎の受信データを超音波探触子 2 から超音波画像診断装置本体 1 に無線伝送する場合を考えると、仮に、チャンネル数が 192CH で、1 チャンネルあたりの A/D 変換後の受信データを 14bit に量子化するとともに、受信信号のサンプリング周波数を 60MHz とした場合には、少なくとも必要な伝送レートは、 $192 \times 14 \times 60 \times 10^6 = 161.28 \text{ Gbps}$ となる。また、各チャンネルの受信信号を整相加算し、仮に、1 サンプルあたり 22bit の音線データを無線伝送する場合については、少なくとも必要な伝送レートは、 $22 \times 60 \times 10^6 = 1320 \text{ Mbps}$ となる。さらに、この音線データに基づいて超音波診断画像データを生成し、これを無線伝送する場合については、仮に、画面サイズを縦×横：1000dot×1000dot とし、カラードブラ法に対応させるべく、1 ドットあたりのデータサイズを RGB 各 8bit の 24bit とした場合、フレームレートが 15 Frame/sec である場合には、少なくとも必要な伝送レートは、 $24 \times 1000 \times 1000 \times 15 = 360 \text{ Mbps}$ となる。すなわち、超音波診断画像データにして無線伝送すると、必要な伝送レートが最も小さくて済む。

【0046】

一方で、整相加算処理、包絡線検波処理、データの間引き処理及び画素の補間処理等の受信信号の処理については、超音波画像診断装置本体の製造メーカーや製品モデル等により他の装置との差別化を図るべく、装置によって様々な技術が適用されている。上述したように、超音波探触子 2 において、超音波診断画像データまで受信信号を処理し、これを無線伝送することにより、伝送レートの点で有利となるが、超音波画像診断装置本体側において、受信信号に対する上述した信号処理技術の適用性を失ってしまうため、このような装置本体側の利点を活かすことができない。したがって、例えば、チャンネル毎の受信信号等、上述した信号処理技術が適用できるようなデータ形式によって伝送できる

ことができれば、必要な伝送レートは大きくなるが、装置本体側における信号処理の自由性が増大し、有用性に優れた超音波探触子とすることができる。

【0047】

また、受信信号の処理工程数が多いほど、処理に使用するハードウェア資源が多くなり、消費電力が増加する。例えば、本実施の形態における超音波探触子2では、図2に示される全体の構成における処理負荷を100%としたとき、送受信部2aにおける処理負荷は40%であり、音線データ生成部2bにおける処理負荷は20%であり、画像生成部2cにおける処理負荷は40%であるため、処理を行わせるハードウェア資源を少なくするほど処理負荷が軽減され、その結果、消費電力を削減することができるようになる。

【0048】

本実施の形態では、上述のようにして超音波探触子2を構成するようにしたので、伝送レート、消費電力及び超音波画像診断装置本体の仕様を考慮して、最適なデータ形式に切り替えて無線伝送することができるので、汎用性に優れたものとなる。

【0049】

また、本実施の形態では、切替スイッチ21や超音波画像診断装置本体1における選択操作によって無線伝送するデータ形式を任意に変更することができる。そのため、本実施の形態における超音波探触子2を適用する装置本体が、例えば、高い信号処理技術の適用されたいわゆるハイエンド機である場合には、伝送レート、消費電力及び診断内容等を考慮してユーザーが任意にデータ形式を選択することが可能である。

【0050】

以上説明したように、本発明の実施の形態によれば、送受信部2aは、被検体からの超音波を受信して複数チャンネルの受信信号を得る。整相加算部206は、チャンネル毎の受信信号を整相加算する。画像生成部2cは、整相加算後の受信信号に基づき、超音波診断画像を表示するための超音波診断画像データを生成する。送信データ切替制御部213及び送信データ切替スイッチ213aは、チャンネル毎の受信信号、音線データ及び超音波診断画像データのうちの少なくとも2以上から何れかを伝送対象として選択する。無線送受信部215は、送信データ切替制御部213及び送信データ切替スイッチ213aによって選択された伝送対象を伝送する。その結果、様々な仕様の超音波画像診断装置に適用可能となる。また、伝送レート、消費電力及び超音波画像診断装置本体の仕様を考慮して、受信信号を最適なデータ形式に切り替えて伝送することができる。すなわち、汎用性に優れた超音波探触子とすることができる。

【0051】

また、本発明の実施の形態によれば、送信データ切替制御部213及び送信データ切替スイッチ213aは、切替スイッチ21による操作に応じて伝送対象の選択を行うことができる。その結果、ユーザーの利用目的に応じたデータ形式に切り替えて伝送することができ、有用性に優れたものとなる。

【0052】

また、本発明の実施の形態によれば、送信データ切替制御部213及び送信データ切替スイッチ213aは、バッテリー201の残量に応じて伝送対象の選択を行う。その結果、バッテリーの残量に応じた消費電力に切り替えることができ、長時間の検査にも耐え得るものとなる。

【0053】

また、本発明の実施の形態によれば、送信データ切替制御部213及び送信データ切替スイッチ213aは、伝送対象の伝送先である超音波画像診断装置本体1との伝送状態に応じて伝送対象の選択を行う。その結果、受信信号を、伝送状態に適した伝送レートであるデータ形式に切り替えてデータを伝送することができ、伝送されるデータの信頼性を向上させることができるとともに、データの伝送効率を向上させることができる。

【0054】

また、本発明の実施の形態によれば、無線送受信部215は、伝送対象の伝送先である

10

20

30

40

50

超音波画像診断装置本体 1 からの伝送信号を受信する。送信データ一切替制御部 2 1 3 及び送信データ一切替スイッチ 2 1 3 a は、無線送受信部 2 1 5 によって伝送対象を指示する旨の伝送対象指示信号を超音波画像診断装置本体 1 から受信したときに、受信した伝送対象指示信号に対応した伝送対象の選択を行う。その結果、ユーザーの利用目的や装置本体の仕様に応じたデータ形式に切り替えて伝送することができ、有用性あるいは汎用性に優れたものとなる。

【0055】

また、本発明の実施の形態によれば、電圧・動作クロック制御部 2 1 7 は、送信データ一切替制御部 2 1 3 及び送信データ一切替スイッチ 2 1 3 a によって選択された伝送対象から、整相加算部 2 0 6 及び画像生成部 2 c のうち、電力の供給を制限させる対象を選択し、選択された対象に対する電力の供給を制限する。その結果、処理に使用されない構成について動作を停止させることができ、省電力化を図ることができる。

10

【0056】

また、本発明の実施の形態によれば、電圧・動作クロック制御部 2 1 7 は、送信データ一切替制御部 2 1 3 及び送信データ一切替スイッチ 2 1 3 a によって選択された伝送対象から、整相加算部 2 0 6 及び画像生成部 2 c のうち、動作クロックの周波数を低下させる対象を選択し、選択された対象に対して供給される動作クロック信号の周波数を、駆動させるための駆動周波数から、この駆動周波数よりも低周波数である待機周波数に変更する。その結果、処理に使用されない構成についての消費電力を抑制させることができ、省電力化を図ることができる。

20

【0057】

なお、本発明の実施の形態における記述は、本発明に係る超音波画像診断装置の一例であり、これに限定されるものではない。超音波画像診断装置を構成する各機能部の細部構成及び細部動作に関しても適宜変更可能である。

【0058】

また、本実施の形態において、例えば、超音波画像診断装置本体の仕様を特定可能な ID 情報を超音波探触子 2 に無線伝送し、この ID 情報によって特定された装置本体の仕様に応じた送信データに切り替え可能に構成してもよい。

【0059】

また、本実施の形態では、チャンネル毎の受信信号、音線データ及び超音波診断画像データの 3 つのデータ形式から何れかを伝送対象として選択するようにしたが、チャンネル毎の受信信号、音線データ及び超音波診断画像データのうちの 2 つから何れかを伝送対象として選択する構成としてもよい。また、チャンネル毎の受信信号、音線データ、あるいは、超音波診断画像データとは異なるデータ形式のものを伝送対象として選択可能に構成されてもよい。

30

【0060】

また、本実施の形態では、超音波診断画像データとして B モードによる画像データを生成するようにしたが、A モード及び M モードによる画像データであってもよく、また、ドブラ法によって画像データを生成したものであってもよい。

【0061】

また、本実施の形態では、超音波画像診断装置本体 1 と超音波探触子 2 とを無線伝送にて送信データの伝送を行うようにしたが、有線によって送信データが伝送される態様であってもよく、例えば、シリアル伝送によってデータを送信するものに適用すると好適である。

40

【0062】

また、本実施の形態では、超音波の送受信を行う超音波探触子を使用した、送信超音波の送信を行わず、反射超音波の受信のみを行う、受信専用の超音波探触子を使用するようにしてもよい。

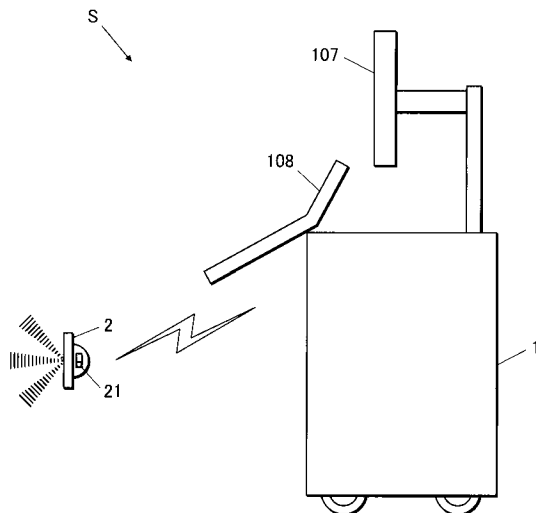
【符号の説明】

【0063】

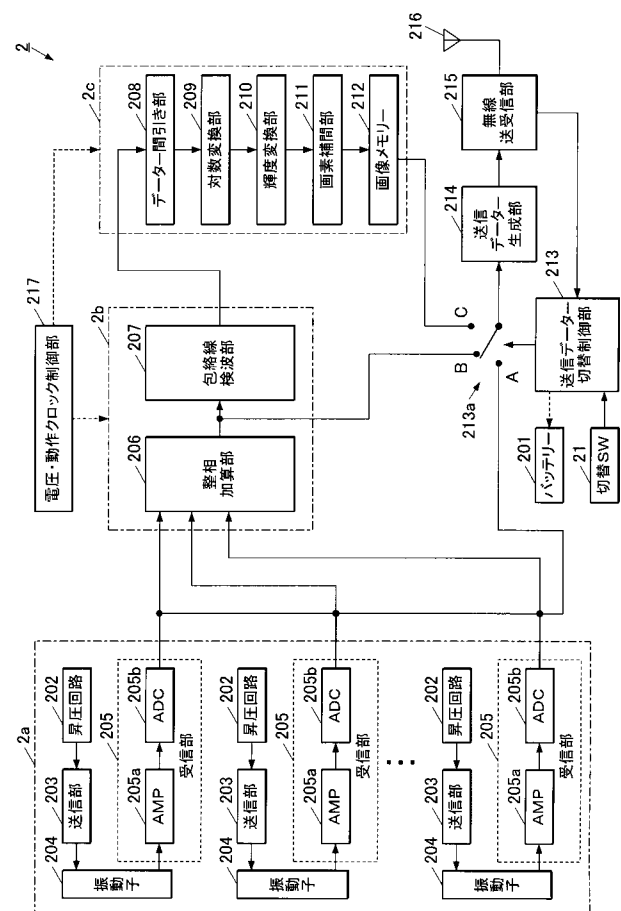
50

- S 超音波画像診断装置
- 1 超音波画像診断装置本体
- 2 超音波探触子
- 2 a 送受信部
- 2 c 画像生成部
- 2 1 切替スイッチ
- 2 0 1 バッテリー
- 2 0 6 整相加算部
- 2 1 3 送信データ切替制御部
- 2 1 3 a 送信データ切替スイッチ
- 2 1 5 無線送受信部
- 2 1 7 電圧・動作クロック制御部

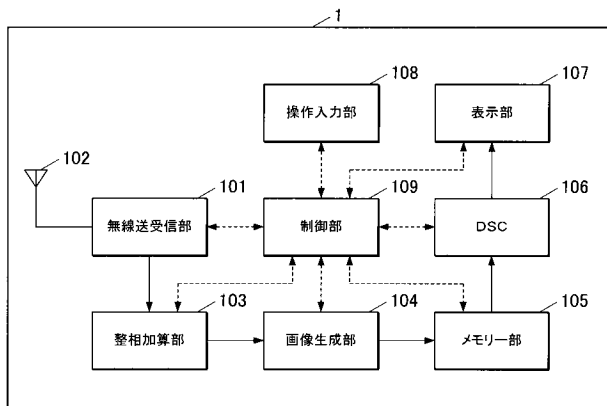
【 圖 1 】



【 図 2 】



【図 3】



专利名称(译)	超音波探触子		
公开(公告)号	JP2012249984A	公开(公告)日	2012-12-20
申请号	JP2011126856	申请日	2011-06-07
[标]申请(专利权)人(译)	柯尼卡株式会社		
申请(专利权)人(译)	柯尼卡美能达医疗印刷器材有限公司		
[标]发明人	加藤美樹		
发明人	加藤 美樹		
IPC分类号	A61B8/00		
CPC分类号	A61B8/4405 A61B8/4472 A61B8/461 A61B8/467 G01S7/003 G01S7/5208 G01S7/52096 A61B8/145 A61B8/4483 A61B8/56		
FI分类号	A61B8/00 A61B8/14		
F-TERM分类号	4C601/EE11 4C601/EE13 4C601/EE15 4C601/GA01 4C601/GB18 4C601/GD04 4C601/LL21		
其他公开文献	JP5672159B2		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

要解决的问题：提供适用于各种规格的超声波诊断成像设备的高度通用的超声波探头。发送/接收单元（2a）从对象接收超声波并获得多个信道的接收信号。定相加法部分206对每个信道的接收信号执行定相加法。图像生成单元2c基于相位相加之后的接收信号生成用于显示超声诊断图像的超声诊断图像数据。传输数据切换控制单元213和传输数据切换开关213a为每个信道选择接收信号，声线数据和超声诊断图像数据中的至少两个作为传输目标。无线电发送/接收单元215发送由发送数据切换控制单元213和发送数据转换开关213a选择的发送对象。 .The

