

(19) 日本国特許庁(JP)

(12) 特 許 公 報(B2)

(11) 特許番号

特許第5406374号
(P5406374)

(45) 発行日 平成26年2月5日(2014.2.5)

(24) 登録日 平成25年11月8日(2013.11.8)

(51) Int.Cl.

F I

H O 4 R 19/00 (2006.01)

H O 4 R 19/00 3 3 0

H O 4 R 1/40 (2006.01)

H O 4 R 1/40 3 3 0

A 6 1 B 8/00 (2006.01)

A 6 1 B 8/00

請求項の数 11 (全 12 頁)

(21) 出願番号 特願2012-529634 (P2012-529634)
 (86) (22) 出願日 平成23年8月19日 (2011.8.19)
 (86) 国際出願番号 PCT/JP2011/068811
 (87) 国際公開番号 W02012/023619
 (87) 国際公開日 平成24年2月23日 (2012.2.23)
 審査請求日 平成25年2月20日 (2013.2.20)
 (31) 優先権主張番号 特願2010-184882 (P2010-184882)
 (32) 優先日 平成22年8月20日 (2010.8.20)
 (33) 優先権主張国 日本国 (JP)

(73) 特許権者 000153498
 株式会社日立メディコ
 東京都千代田区外神田四丁目14番1号
 (74) 代理人 110000350
 ポレール特許業務法人
 (72) 発明者 吉村 保廣
 日本国茨城県日立市大みか町七丁目1番1号 株式会社日立製作所 日立研究所内
 (72) 発明者 永田 達也
 日本国茨城県日立市大みか町七丁目1番1号 株式会社日立製作所 日立研究所内
 (72) 発明者 佐光 暁史
 日本国東京都千代田区外神田四丁目14番1号 株式会社日立メディコ内

最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 超音波探触子およびそれを用いた超音波診断装置

(57) 【特許請求の範囲】

【請求項1】

基板上に、空洞と、前記空洞を挟む絶縁層と、前記空洞と絶縁層を挟む上層電極と下層電極を設けて超音波振動素子を形成し、前記基板をバッキングに低弾性部材を介して保持し、前記電極間に直流電圧と交流電圧を印加して、前記超音波振動素子を振動させる超音波探触子において、

前記バッキングの音響インピーダンスが、前記基板と前記低弾性部材から成る単位面積当たりの機械インピーダンスの $\pm 1 \text{ MRayls}$ ($10^6 \text{ kg/m}^2\text{s}$) 以内としたことを特徴とする超音波探触子。

【請求項2】

請求項1記載の超音波探触子において、前記機械インピーダンスは、前記基板の質量と前記低弾性部材のばね定数から成ることを特徴とする超音波探触子。

【請求項3】

請求項1記載の超音波探触子において、前記基板と前記低弾性部材から成る機械インピーダンスと、前記バッキングの音響インピーダンスとを概ね同じ値としたことを特徴とする超音波探触子。

【請求項4】

請求項1記載の超音波探触子において、

前記基板の質量と前記低弾性部材のばね定数から成る機械インピーダンスの値を Z_x 、バッキングの音響インピーダンスの値を Z_y としたとき、前記 Z_x と Z_y が次の3つの式

10

20

とともに満たす範囲の値としたことを特徴とする超音波探触子。

$Z_x = 7.4 \text{ MRayls}(10^6 \text{ kg/m}^2 \text{ s})$ 、

$Z_y = 8.3 \text{ MRayls}(10^6 \text{ kg/m}^2 \text{ s})$ 、

$Z_y = 0.883 \text{ MRayls}(10^6 \text{ kg/m}^2 \text{ s})$

【請求項 5】

請求項 1 に記載の超音波探触子において、前記基板がシリコン基板であることを特徴とする超音波探触子。

【請求項 6】

請求項 5 に記載の超音波探触子において、前記シリコン基板厚さが $50 \mu\text{m}$ 以下であることを特徴とする超音波探触子。

10

【請求項 7】

請求項 1 に記載の超音波探触子において、前記バックリングは長軸側の線膨張係数が短軸側の線膨張係数より小さいことを特徴とする超音波探触子。

【請求項 8】

請求項 1 に記載の超音波探触子において、前記バックリングは炭素繊維を含有する樹脂であることを特徴とする超音波探触子。

【請求項 9】

請求項 8 に記載の超音波探触子において、前記樹脂には、シリカ、タングステン等の低熱膨張で密度の異なる粒子を添加したことを特徴とする超音波探触子。

【請求項 10】

20

請求項 1 に記載の超音波探触子において、前記基板と前記低弾性部材の機械的な振動の共振周波数の略 $1/2$ の周波数を、超音波駆動の中心周波数としたことを特徴とする超音波探触子。

【請求項 11】

請求項 1 に記載の超音波探触子を用いて、被検体からの超音波診断画像を得る超音波診断装置。

【発明の詳細な説明】

【技術分野】

【0001】

本発明は、診断画像を撮像する超音波探触子およびそれを用いた超音波診断装置に関する。

30

【背景技術】

【0002】

従来の被検体を超音波で検査する分野の超音波探触子としては、例えば、特許文献 1 に開示されているものがある。この発明は、シリコン基板上に作製したギャップ、絶縁層、電極で構成されており、そのシリコン基板の反対面にシリコン基板と音響インピーダンスがほぼ等しいダンピング材料を導入している。電極とシリコン基板間とに DC 電圧を印加してある一定の位置までギャップを縮めておき、更に AC 電圧を印加させて、ギャップを縮めたり、広げたりすることで超音波を送信する構造である。また、被検体に当たり反射してくる超音波により、電極とシリコン基板との間の容量変化を検出する超音波を受信する機能も兼ね備えている。ここで、ダンピング材料は、送受信時の超音波の反射を低減する役割を有する。具体的なダンピング材料は、エポキシ樹脂にタングステン微粒子の混合比率を変えて混合し、シリコンとの音響インピーダンスを整合させている。

40

【0003】

また、特許文献 2 には、音響インピーダンスが $1.3 \sim 6 \text{ MRayls}$ の音響バックリングの上に圧電素子を設けた超音波プローブが開示されており、音響バックリングには酸化亜鉛繊維を混合した複合材であることが記載されている。

【0004】

また、特許文献 3 には、CMUT (Capacitive Micromachined Ultrasonic Transducer) チップとバックリングとを接着し、短パルス、すなわち広帯域の超音波波形が得られ高分解能

50

に適していることが記載されている。

【先行技術文献】

【特許文献】

【0005】

【特許文献1】米国特許第6714484B2号明細書

【特許文献2】特開2008-118212号公報

【特許文献3】特開2008-119318号公報

【発明の概要】

【発明が解決しようとする課題】

【0006】

10

超音波診断装置に使用する超音波探触子は、超音波を、被検体に送波し、被検体から反射してきた超音波を受波してこれを画像化する。超音波は、音響インピーダンスの異なる物体の界面で反射する性質がある。そのため超音波探触子を構成する超音波送受信デバイスや前面に設置される音響レンズ、背面に設置されるバックング等の界面での超音波の反射により、画質の低下がみられる。前面に関して、音響レンズと超音波送受信デバイスの間に中間の音響インピーダンスを持つ整合層を設けて反射を低減する方法が主流となっている。背面に関しては、バックングで、背面に伝達した超音波を減衰するために、バックングの音響インピーダンスと超音波送受信デバイスの音響インピーダンスを等しくする方法がとられることが多い。しかしながら、背面からの反射は下記に述べるようにCMUT固有の原因からきており、従来の音響インピーダンスを等しくする方法では反射を低減することが難しかった。

20

【0007】

本発明は、前記の背面反射の原因を追及し、改善する手段を講じて、超音波送受信デバイスから背面に放出される超音波の反射を低減し、高画質な診断画像を得ることを目的とする。

【0008】

より具体的には、CMUTを用いた探触子では、空洞上のメンブレインに加わった振動はメンブレインを支える狭いリムを介してシリコン基板に伝達され、シリコン基板内を円筒状に拡散して広がる過程で反射が発生することが新たにわかった。この背面での音響反射を広帯域で防止する構造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】

【0009】

上記課題を解決するために、本発明の超音波探触子は、基板上に、空洞と、前記空洞を挟む絶縁層と、前記空洞と絶縁層を挟む上層電極と下層電極を設けて超音波振動素子を形成し、前記基板をバックングに低弾性部材を介して保持し、前記電極間に直流電圧と交流電圧を印加して、前記超音波振動素子を振動させる超音波探触子において、前記バックングの音響インピーダンスが、前記基板と前記低弾性部材から成る単位面積当たりの機械インピーダンスの $\pm 1 \text{ MRayls}$ ($10^6 \text{ kg/m}^2\text{s}$) 以内としたことを特徴とするものである。

【0010】

本発明の超音波診断装置は、上記の超音波探触子を用いて、被検体からの超音波診断画像を得るものである。

40

【発明の効果】

【0011】

本発明によれば、超音波送受信デバイスから背面に放出される超音波の反射を低減することができる超音波探触子を提供することができ、さらに、本発明の超音波探触子を使用して高画質な診断画像を提示できる超音波診断装置を提供できる。

【図面の簡単な説明】

【0012】

【図1】超音波探触子の概略構成を示す図。

【図2】超音波送受信デバイス、バックング、音響レンズ等の断面図。

50

【図 3】超音波送受信デバイス、バックング、フレキ基板を示す斜視図。

【図 4】超音波送受信デバイスの部分拡大図。

【図 5】超音波送受信デバイスのセルの部分断面図。

【図 6】バックングの長軸方向の断面図。

【図 7】超音波の反射のモデルを説明する図。

【図 8】超音波送受信デバイスの基板の厚さと反射率の関係を示す図。

【図 9】超音波送受信デバイスの背面の反射を解析した、周波数と反射係数の関係を示す図。

【図 10】超音波送受信デバイスの背面の反射を解析した、周波数と位相との関係を示す図。

【図 11】有限要素法で解析した結果で、バックングと低弾性部材の共振周波数 f_0 の $1/4$ での反射率の等高線図。

【図 12】有限要素法で解析した結果で、バックングと低弾性部材の共振周波数 f_0 の $1/2$ での反射率の等高線図。

【図 13】有限要素法で解析した結果で、バックングと低弾性部材の共振周波数 f_0 の $3/4$ での反射率の等高線図。

【図 14】有限要素法で解析した結果で、図 11、図 12、図 13 の反射率の最大値をまとめて等高線で示した図。

【発明を実施するための形態】

【0013】

本発明の実施の形態について、図 1 ~ 図 14 を用いて説明する。

【0014】

超音波送受信デバイス(超音波振動素子)2を備えた超音波探触子1の概略構造を図1に示す。超音波探触子1は、医療機関における人体検査(心臓、血管などの循環器検査、腹部検査など)に用いられる。超音波探触子1は、バックング3の先端に超音波送受信デバイス2を備えており、超音波送受信デバイス2には、コネクタ91につながる配線92を有するフレキ基板4がワイヤボンディングで接続されている。コネクタ91は、回路基板97と接続しており、回路基板97の接続端子98は、超音波診断装置と接続する。超音波診断装置は、超音波送受信デバイス2に電気信号を与えて駆動させるとともに、被検体からの受波による信号を画像化させるものである。超音波送受信デバイス2の表面には、超音波送受信デバイス2から発生した超音波を被検体方向にフォーカスするためのシリコン樹脂の音響レンズ94を備えている。超音波送受信デバイス2は、音響レンズ94を経て、人体等の被検体95に超音波を送受信する。

【0015】

図2は、図1で示した超音波探触子1の音響レンズ94と超音波送受信デバイス(超音波振動素子)2とバックング3とその周辺に設置される構成体の断面を示す図である。バックング3の上に樹脂45を介して超音波送受信デバイス2が搭載されている。超音波送受信信号を基板(図示せず)に伝達するフレキ基板4も樹脂46を介してバックング3に固定されている。超音波送受信デバイス2とフレキ基板4とは、ワイヤボンディング法により、ワイヤ42で接続されている。ワイヤ42と接続部周辺は、封止樹脂47により封止されており、ワイヤ42の固定と、駆動電圧の印加によるエレクトロマイグレーションの防止効果がある。これらの構成体の上に、音響レンズ94が樹脂41で接着固定されている。また、これらの構成体は、ケース43に収納される構成である。ケース43と音響レンズ2との隙間は、樹脂44で充填されている。

【0016】

図3は、図1で説明した超音波送受信デバイス2とバックング3およびフレキ基板4を示した図である。超音波送受信デバイス2とバックング3の長辺方向を長軸方向L、短辺方向を短軸方向Mとして示した。超音波送受信デバイス2は、バックング3の上に樹脂で接着されている。超音波送受信デバイス2には、電力の供給と信号の伝達のためのフレキ基板4が接続されている。フレキ基板4とバックング3とは接着されており、超音波送受

10

20

30

40

50

信デバイス 2 の電極パッド (図示せず) とフレキ基板 4 の配線パッド (図示せず) とは、図 2 で示したようにワイヤボンディングで接続されている (図示せず)。

【 0 0 1 7 】

図 4 は、超音波送受信デバイス 2 の部分拡大図である。超音波送受信デバイス 2 は、複数のセル 2 1 を高密度に配列して構成される。図には、セル 2 1 の長辺方向 A、短辺方向 B、セル間隔 C、セルピッチ D を示した。また、図 3 で示した長軸方向 L も示した。セル 2 1 を複数個まとめてチャンネルとし、チャンネルごとに配線 9 2 を接続して超音波の送受信を制御する。

【 0 0 1 8 】

図 5 は、図 4 に示した超音波送受信デバイス 2 のセル 2 1 の 2 個分の E - E 断面図であり、バックリング 3 も示している。セル 2 1 は、ベース基板となる基板 2 2、絶縁膜 2 6 a ~ 2 6 e、平行平板電極を構成する下層電極 2 3 および上層電極 2 5、電極の隙間の空洞 2 4 から構成される。セルとセルの間の壁の部分はリム 2 7 である。セル 2 とバックリング 3 の間には低弾性部材 5 が設けられている。低弾性部材 5 は、セル 2 をバックリング 3 に接着するための接着樹脂である。すなわち、基板 2 2 上に、空洞 2 4 と、前記空洞を挟む絶縁層 2 6 b、2 6 c と、前記空洞と絶縁層を挟む上層電極 2 5 と下層電極 2 3 を設けて超音波振動素子を形成し、前記基板 2 2 をバックリング 3 に低弾性部材 5 を介して保持している。また、図 5 には、図 3、図 4 で示した長軸方向 L も示した。基板 2 2 の材料はシリコンが好ましいが、ガラスやセラミック等の低熱膨張材料も使用可能である。また、低弾性部材 5 にはエポキシ、ゴム等の材料が好ましい。

【 0 0 1 9 】

下層電極 2 3 と上層電極 2 5 の間に、直流電圧を印加し、さらにパルス電圧 (交流電圧) を加えると、クーロン力により空洞 2 4 の上の絶縁膜 2 6 c、2 6 d、2 6 e、上層電極 2 5 で構成されるメンブレインは振動して超音波を送波する。被検体 9 5 からの反射波がセルに入射するとメンブレインは振動し、下層電極 2 3 と上層電極 2 5 の距離が変動することにより変位電流が発生して、受信電気信号に変換される。これら送信、受信時にメンブレインに力が加わると、メンブレインを支えるリム 2 7 に力が加わり、超音波が基板 2 2 に伝達される。

【 0 0 2 0 】

図 6 は、図 3 に示したバックリング 3 の F - F 断面を示す図であり、樹脂材料の中に炭素繊維 3 2 が配合されている。炭素繊維 3 2 の配合の向きは、バックリング 3 1 の長軸方向 L に沿っており、長軸方向 L に対して角度で 30 度以下であることが好ましく、長軸方向 L とほぼ平行であっても良い。この場合は短軸方向 M とほぼ垂直となる。この炭素繊維 3 2 の配列方向は、セル 2 の短辺方向 B に沿う向きとなる。熱膨張率の小さい炭素繊維 3 2 を、図 6 に示したような方向でバックリングに配合することにより、短軸方向 M の熱膨張係数に比べて、バックリング 3 の長軸方向 L の熱膨張率を大幅に低減することができる。例えば、熱膨張率が 1 0 0 p p m 程度の樹脂の熱膨張率を配合率により、1 ~ 2 0 p p m まで低減させることができる。炭素繊維 3 2 の配合率は、2 0 ~ 5 0 体積パーセントであることが望ましい。炭素繊維 3 2 の長さは、1 0 μ m ~ 1 0 m m 程度が好ましい。また、炭素繊維の直径は、2 ~ 1 0 0 μ m 程度が好ましい。このように、セル 2 の短辺 B 方向であるバックリングの長軸方向 L の熱膨張率を基板 2 2 の熱膨張率に近づけることにより、超音波送受信デバイス 2 とバックリング 3 とを接着するときの加熱や、組み立て工程による熱応力を軽減することができる。セル 2 の短辺方向 B は、超音波送受信性能、すなわち長軸方向 L に配列している各チャンネルのばらつきに及ぼす影響が大きいので、熱応力による変形が極力少ない方が好ましい。そのため、本発明では、セル 2 の短辺方向 B にバックリング 3 の炭素繊維 3 2 を揃えて、バックリング 3 の熱膨張率を低減している。さらに、シリカ 3 3、タングステン 3 4、等の低熱膨張で密度の異なる粒子を添加することにより、熱膨張率と音響インピーダンスを調整することが好ましい。また、低熱膨張の粒子を添加した場合は、短軸方向 M の熱膨張率も低減することが可能となり、熱応力を軽減する効果がある。

【 0 0 2 1 】

次に、セル 2 1 の背面における超音波の反射について説明する。図 5 に示したセル 2 1 から放出される超音波は、被検体 9 5 のある方向、すなわち前面方向と反対方向となるセル 2 1 の背面方向にもリム 2 7 を介して放出される。この背面方向へ伝達された超音波が反射して前面方向に戻ると、パルスの減衰時間が延びて波形が劣化する。また被検体 9 5 の例えば皮下脂肪等からの反射がセル 2 1 に戻り、背面で反射して前面方向に放出されると、本来の被検体組織にて反射し戻ってきた超音波エコーの他に、前記の背面から反射した超音波が、セル 2 1 にて検出され、診断画像に多重像等の虚像が現れたり、解像度が低下したりするため、背面からの反射を極力低減する必要がある。背面からの反射による診断画像劣化を防止するためには、経験的に背面からの反射率を -10 dB (31%) 以下とすることが必要である。

10

【0022】

セル 2 1 の背面からの反射の原因を調べるために、図 7 に示す狭いリム 2 7 から、シリコンを用いた基板 2 2 へ、 10 MHz の超音波を入射したときの反射を有限要素法による解析で計算した。この時、基板 2 2 の下面を音響吸収境界としている。図 8 は、基板 2 2 の厚さと反射率の関係を示している。反射する界面が無いにもかかわらず、基板 2 2 が厚くなると急激に反射が大きくなることがわかった。スピーカー等の音響機器で、波長に比べて振動部分が小さい場合に、波動が球面状に広がって音圧と体積速度の位相がずれて音が伝わらなくなる現象が知られている。リム 2 7 の寸法が数 μm に対して、シリコンを用いた基板 2 2 の波長は 10 MHz で約 $8500\mu\text{m}$ と大きいために、図 7 の基板 2 2 内に示した矢印の方向に波線で示した円筒波状に広がる過程で、超音波が反射していることがわかった。従来の一般的な考え方である、基板とバックングの音響インピーダンスを一致させる方法は、リム 2 7 を必然的に持つ CMUT では有効でないことがわかった。シリコン基板の厚さは、 $50\mu\text{m}$ 以下であることが好ましい。

20

【0023】

このセル 2 1 の背面からの反射を低減するための検討を実施した。影響因子としては、基板であるシリコンの厚み、ヤング率、密度、バックングのヤング率、密度、セル 2 1 の幅 B、セルとセルの間の部分であるリム 2 7 の幅 C、低弾性部材 5 の厚みである。これらの複数の影響因子の好ましい範囲を、有限要素法による解析で計算した。

【0024】

図 9 は解析結果の一例であり、受信周波数 f と背面の反射係数 R との関係を示している。セル幅 B を $25\mu\text{m}$ とし、シリコンを用いた基板 2 2 および低弾性部材 5 の厚みをそれぞれ $50\mu\text{m}$ 、 $10\mu\text{m}$ とし、バックング 3 の弾性率を変化させている。図中 6-1、6-2、6-3、6-4 で使用したバックング 3 の弾性率は、6-1 を基準として、6-2 は 2 倍の値、6-3 は 0.5 倍の値、6-4 は 0.25 倍の値である。バックングのヤング率を変えると、後で述べるように、バックングの音響インピーダンスを平方根倍した場合に相当する。反射による損失は -10 dB 以内すなわち 31% 以内である必要があるため、図中に -10 dB の線を引くと 6-3 のケース (図中○印の線) が最も周波数の範囲が広く、この条件下では好ましい。

30

【0025】

図 10 は、図 9 の結果の周波数 f と位相 θ との関係を示すものであり、7-1 が 6-1 に、7-2 が 6-2 に、7-3 が 6-3 に、7-4 が 6-4 に、それぞれ対応する。図中 7-3 が 6-3 の条件の結果であるが、位相がゼロの範囲が多く、なだらかに変化している (図中○印)。シリコンの基板 2 2 と低弾性部材 5 の機械的な振動により、リムからの円筒波拡散での位相のずれが緩和され、背面への音が有効にバックングに伝わったものと考えられる。なお、この時のシリコンの基板 2 2 と低弾性部材 5 の機械的な振動の共振周波数は約 10 MHz であり、その約 $1/2$ の周波数を中心として広い帯域で反射を低減できる。すなわち、基板と低弾性部材の機械的振動の共振周波数の略 $1/2$ の周波数を、超音波駆動の中心周波数とすればよい。CMUT の特徴である広帯域の短パルスは、狭帯域の反射低減では波形が歪んで劣化する。基板 2 2 と低弾性部材 5 の機械的な振動と、バックング 3 の音響特性を適切に設定すれば、広帯域の反射低減ができるため、短パルスを劣化させることなく反射が低減できることがわかった。

40

50

【 0 0 2 6 】

基板 2 2 と低弾性部材 5 の振動は 1 自由度振動の機械インピーダンス Z_m で特徴づけられる。機械インピーダンス(単位面積当たり)は、基板 2 2 の単位面積当たりの質量 M と低弾性部材 5 の単位面積当たりのばね定数 k により、数 1 で表わされる。ここで、単位面積あたりの質量 M は基板 2 2 の厚さ t 、密度 ρ より $M = t \rho$ より求められ、また、ばね定数 k は低弾性部材 5 のヤング率 E 、ポアソン比 ν 、厚さ d より次の数 2 で得られる。

【 0 0 2 7 】

【数 1】

$$Z_m = \sqrt{Mk}$$

10

【 0 0 2 8 】

【数 2】

$$k = \frac{1 - \nu}{(1 + \nu)(1 - 2\nu)} \frac{E}{d}$$

【 0 0 2 9 】

なお、基板 2 2 を質量 M 、低弾性部材 5 をばね定数 k とみなした時の共振周波数 f_0 は、次の数 3 で表わされる。

【 0 0 3 0 】

【数 3】

$$f_0 = \frac{1}{2\pi} \sqrt{\frac{k}{M}}$$

20

【 0 0 3 1 】

また、バッキング 3 の音響インピーダンス Z は、バッキングのヤング率 E_b 、密度 ρ_b 、ポアソン比 ν_b から次の数 4 で得られる。

【 0 0 3 2 】

【数 4】

$$Z = \sqrt{E_b \rho_b \frac{1 - \nu_b}{(1 + \nu_b)(1 - 2\nu_b)}}$$

30

図 9、図 10 の条件での 1 自由度振動の共振周波数 f_0 は約 10 MHz であり、共振周波数以上では急激に反射が大きくなり、低い周波数で平坦で広帯域の低反射が得られている。そのため、1 自由度共振周波数 f_0 の 1/2 を中心周波数とし、帯域 100% の範囲である f_0 の 1/4 ~ 3/4 の範囲で低反射が得られれば良い。

【 0 0 3 3 】

図 11 ~ 14 は、同様に有限要素法で解析した結果で、バッキングの音響インピーダンス Z に対し、基板 2 2 を質量、低弾性樹脂 5 をバネとした機械インピーダンス Z_m をプロットした反射率の等高線図である。図中一点鎖線で機械インピーダンスと音響インピーダンスが等しい条件を示した。

40

【 0 0 3 4 】

図 11 は、有限要素法で解析した結果で、バッキング 3 と低弾性部材 5 の共振周波数 f_0 の 1/4 での反射率の等高線を示す。

【 0 0 3 5 】

図 12 は、同様に有限要素法で解析した結果で、バッキング 3 と低弾性部材 5 の共振周波数 f_0 の 1/2 での反射率の等高線を示す。

【 0 0 3 6 】

図 13 は、同様に有限要素法で解析した結果で、バッキング 3 と低弾性部材 5 の共振周

50

波数 f_0 の $3/4$ での反射率の等高線を示す。

【0037】

図14は、上記の図11、図12、図13の反射率の最大値をまとめて等高線で示した図であり、広帯域で反射率が小さい領域を示しており、背面の反射を低減するのに好ましい領域である。

図中の直線Aは、機械インピーダンスとバックキングの音響インピーダンスが等しいラインであり、このライン上にもっとも好ましい範囲が含まれている。そして、直線Aを中心に、音響インピーダンスが $\pm 1 \text{ MRays}$ を示す範囲を直線BとCで示しており、この直線の範囲内であれば、機械インピーダンスとバックキングの音響インピーダンスとがほぼ等しい範囲として規定することができ、背面の反射を低減することができる。すなわち、バックキングの音響インピーダンスを、基板と低弾性部材から成る機械インピーダンスの $\pm 1 \text{ MRays}$ ($10^6 \text{ kg/m}^2\text{s}$) 以内とすればよい。また、基板と低弾性部材から成る機械インピーダンスと、バックキングの音響インピーダンスとを概ね同じ値とすればよい。

10

また、図14において、反射率 -10 dB 以下が得られる、低弾性部材5および基板2の機械インピーダンスの範囲は、 7.4 MRays 以下であり、バックキング3の音響インピーダンスZは 8.3 MRays 以下である。反射率 -10 dB 以下の領域は、直線D、E、Fで囲まれる領域で規定される。基板の質量と低弾性部材のばね定数から成る機械インピーダンスの値を Z_x 、バックキングの音響インピーダンスの値を Z_y とすると、この領域は次の数5、数6、数7の式をともに満たす範囲となり、背面の反射を低減することができる。

20

【0038】

【数5】

$$Z_x \leq 7.4 \text{ MRays} (10^6 \text{ kg/m}^2\text{s})$$

【0039】

【数6】

$$Z_y \leq 8.3 \text{ MRays} (10^6 \text{ kg/m}^2\text{s})$$

【0040】

【数7】

$$Z_y \geq 0.883 Z_x - 0.532 \text{ MRays} (10^6 \text{ kg/m}^2\text{s})$$

30

【0041】

本実施例によれば、CMUTを用いた超音波探触子において、基板の質量と低弾性部材のばね定数から成る機械インピーダンスの値と、バックキングの音響インピーダンスの値の範囲を規定することにより、背面に放出される超音波の反射を低減することができ、高画質な診断画像を得ることができる。

【符号の説明】

【0042】

- 1 超音波探触子
- 2 超音波送受信デバイス
- 3 バックキング
- 4 フレキシ基板
- 5 低弾性部材
- 21 セル
- 22 基材
- 23 下層電極
- 24 空洞
- 25 上層電極
- 26 a、26 b、26 c、26 d、26 e 絶縁膜

40

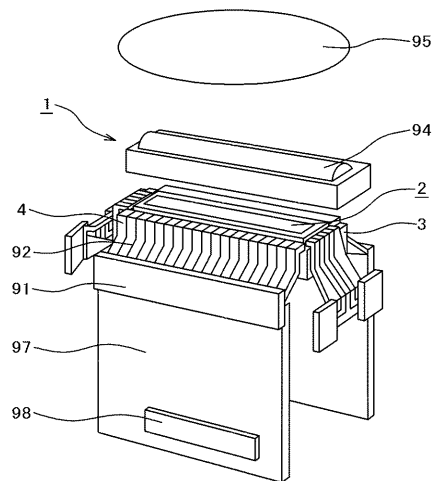
50

- 2 7 リム
- 3 1 バッキング
- 3 2 炭素繊維
- 3 3 シリカ
- 3 4 タングステン
- 4 1 樹脂
- 4 2 ワイヤ
- 4 3 ケース
- 4 4、4 5、4 6 樹脂
- 4 7 封止樹脂
- 9 1 コネクタ
- 9 2 配線
- 9 4 音響レンズ
- 9 5 被検体
- 9 7 回路基板
- 9 8 接続端子

10

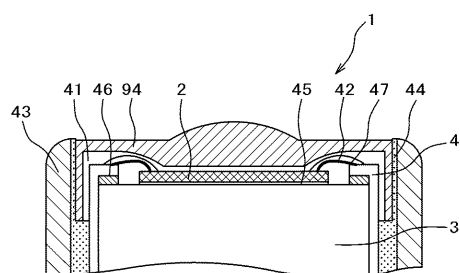
【図 1】

図 1



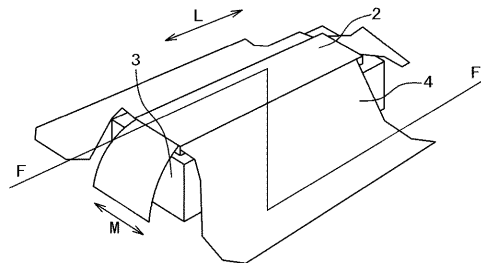
【図 2】

図 2



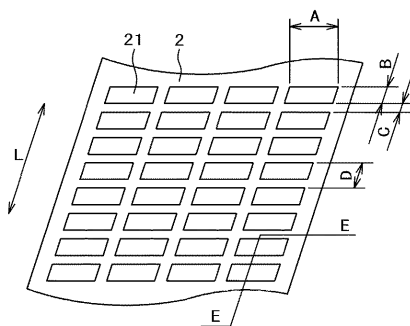
【図 3】

図 3



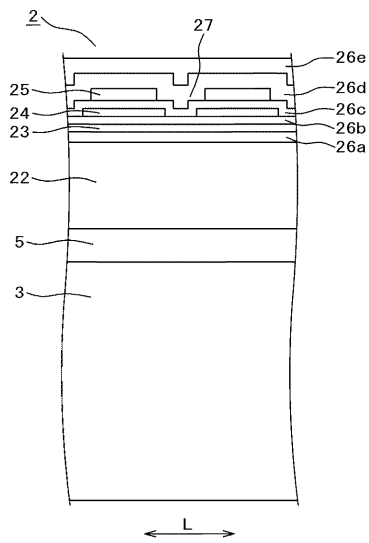
【図 4】

図 4



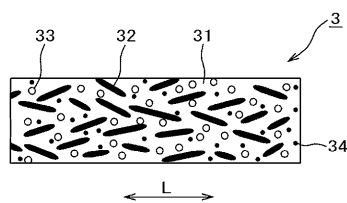
【図 5】

図 5



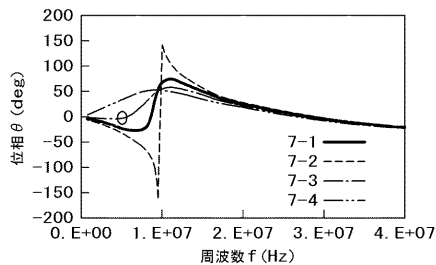
【図 6】

図 6



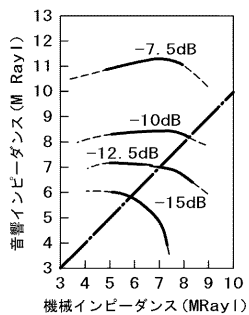
【図 10】

図 10



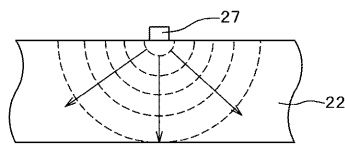
【図 11】

図 11



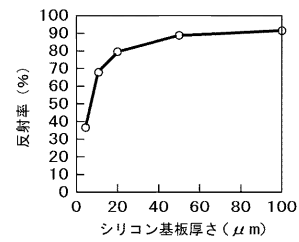
【図 7】

図 7



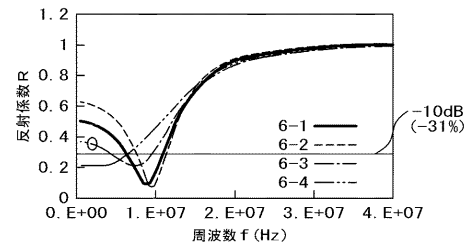
【図 8】

図 8



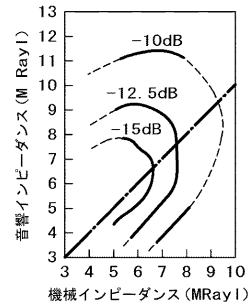
【図 9】

図 9



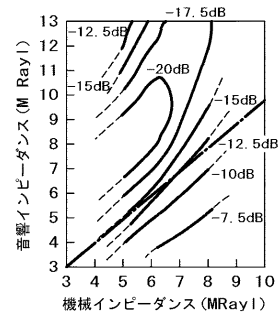
【図 12】

図 12



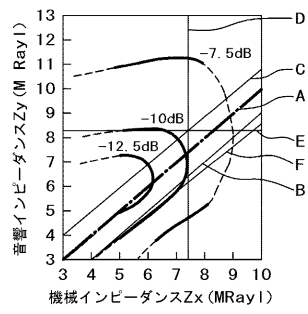
【図 13】

図 13



【図 14】

図 14



フロントページの続き

審査官 大野 弘

(56)参考文献 国際公開第2009/069555(WO, A1)

(58)調査した分野(Int.Cl., DB名)

H04R	19/00
A61B	8/00
H04R	1/40

专利名称(译)	超声波探头和使用该探头的超声波诊断装置		
公开(公告)号	JP5406374B2	公开(公告)日	2014-02-05
申请号	JP2012529634	申请日	2011-08-19
[标]申请(专利权)人(译)	株式会社日立医药		
申请(专利权)人(译)	株式会社日立メディコ		
当前申请(专利权)人(译)	株式会社日立メディコ		
[标]发明人	吉村保廣 永田達也 佐光暁史		
发明人	吉村 保廣 永田 達也 佐光 暁史		
IPC分类号	H04R19/00 H04R1/40 A61B8/00		
CPC分类号	A61B8/4494 A61B8/0883 A61B8/0891 A61B8/14 A61B8/4444 B06B1/0292 G01N29/2456 G10K11/002		
FI分类号	H04R19/00.330 H04R1/40.330 A61B8/00		
审查员(译)	大野 弘		
优先权	2010184882 2010-08-20 JP		
其他公开文献	JPWO2012023619A1		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

为了在减少照射到与超声波发送/接收装置的超声波发送方向相反的一侧的超声波的背面反射的同时获得高分辨率超声波诊断图像，公开了一种超声波探头，其中基板设置在其上。具有空腔，其间具有空腔的绝缘层，以及具有空腔和其间的绝缘层的上层电极和下层电极，以便形成超声波振动元件，基板由具有低的背衬保持。其间具有模数构件，并且在电极之间施加直流电压和交流电压以使超声波振动元件振动，并且其中基板和低模量构件的机械阻抗具有与背衬的声阻抗基本相等的值。。

$$Z = \sqrt{\frac{E_b \rho_b (1 - \nu_b)}{(1 + \nu_b)(1 - 2\nu_b)}}$$