



(19) 대한민국특허청(KR)
(12) 등록특허공보(B1)

(45) 공고일자 2013년10월29일
(11) 등록번호 10-1323330
(24) 등록일자 2013년10월23일

(51) 국제특허분류(Int. Cl.)

A61B 8/14 (2006.01) G06T 7/20 (2006.01)

A61B 8/06 (2006.01)

(21) 출원번호 10-2011-0144432

(22) 출원일자 2011년12월28일

심사청구일자 2011년12월28일

(65) 공개번호 10-2013-0076031

(43) 공개일자 2013년07월08일

(56) 선행기술조사문헌

JP2006055493 A*

JP2007222253 A

KR1020100129681 A

KR1020100119480 A

*는 심사관에 의하여 인용된 문헌

(73) 특허권자

삼성메디슨 주식회사

강원도 홍천군 남면 한서로 3366

(72) 발명자

최석원

서울 강남구 대치동 1003번지 메디슨빌딩 연구소 3층

(74) 대리인

리엔목특허법인

전체 청구항 수 : 총 34 항

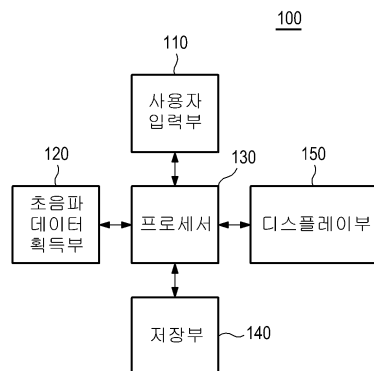
심사관 : 박승배

(54) 발명의 명칭 결정 데이터에 기초하여 벡터 도플러 영상을 제공하는 초음파 시스템 및 방법

(57) 요약

대상체에 대응하는 결정 데이터를 이용하여 벡터 도플러 영상을 제공하는 초음파 시스템 및 방법이 개시된다. 본 발명에 따른 초음파 시스템은, 대상체에 대응하는 초음파 데이터를 이용하여 대상체의 벡터 정보 및 부가 정보를 검출하고, 부가 정보를 이용하여 대상체에 대응하는 결정 데이터를 설정하고, 결정 데이터 및 벡터 정보를 이용하여 벡터 도플러 영상을 형성하도록 동작하는 프로세서를 포함한다.

대표도 - 도1



특허청구의 범위

청구항 1

초음파 시스템으로서,

대상체에 대응하는 초음파 데이터를 이용하여 상기 대상체의 벡터 정보 및 부가 정보를 검출하고, 상기 부가 정보를 이용하여 상기 대상체에 대응하는 결정 데이터를 설정하고, 상기 결정 데이터 및 상기 벡터 정보를 이용하여 벡터 도플러 영상을 형성하도록 동작하는 프로세서를 포함하되,

상기 프로세서는,

상기 결정 데이터를 이용하여 상기 대상체를 필터링하기 위한 필터링 처리를 벡터 정보에 수행하고, 상기 필터링 처리된 벡터 정보를 이용하여 상기 벡터 도플러 영상을 형성하는 초음파 시스템.

청구항 2

제1항에 있어서,

상기 대상체를 포함하는 생체에 적어도 하나의 송신방향으로 초음파 신호를 송신하고, 상기 생체로부터 반사되는 초음파 빔을 적어도 하나의 수신방향으로 수신하여 상기 초음파 데이터를 획득하도록 동작하는 초음파 데이터 획득부

를 더 포함하는 초음파 시스템.

청구항 3

제2항에 있어서, 상기 초음파 데이터 획득부는, 초음파 신호를 제1 송신방향으로 상기 생체에 송신하고, 상기 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 제1 수신방향 및 제2 수신방향으로 수신하여 상기 제1 수신방향 및 상기 제2 수신방향 각각에 대응하는 상기 초음파 데이터를 획득하도록 동작하는 초음파 시스템.

청구항 4

제2항에 있어서, 상기 초음파 데이터 획득부는, 초음파 신호를 제1 송신방향 및 제2 송신방향 각각으로 상기 생체에 송신하고, 상기 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 제1 수신방향으로 수신하여 상기 제1 송신방향 및 상기 제2 송신방향 각각의 상기 제1 수신방향에 대응하는 상기 초음파 데이터를 획득하도록 동작하는 초음파 시스템.

청구항 5

제2항에 있어서, 상기 초음파 데이터 획득부는, 초음파 신호를 제1 송신방향 및 제2 송신방향 각각으로 상기 생체에 송신하고, 상기 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 제1 수신방향 및 제2 수신방향 각각으로 수신하여 상기 제1 수신방향 및 상기 제2 수신방향 각각에 대응하는 상기 초음파 데이터를 획득하도록 동작하는 초음파 시스템.

청구항 6

제2항 내지 제5항중 어느 한 항에 있어서, 상기 초음파 데이터 획득부는, 상기 초음파 신호를 인터리브 송신 방식으로 송신하도록 동작하는 초음파 시스템.

청구항 7

제2항 내지 제5항중 어느 한 항에 있어서, 상기 초음파 신호는 평면파 신호 또는 집속 신호를 포함하는 초음파 시스템.

청구항 8

제1항에 있어서, 상기 부가 정보는, 상기 대상체의 파워 정보, 분산 정보, 밝기값 정보 및 도플러 정보 중 적어

도 하나를 포함하는 초음파 시스템.

청구항 9

제8항에 있어서, 상기 프로세서는,

상기 초음파 데이터를 이용하여 상기 대상체에 대응하는 상기 밝기값 정보를 검출하고,

상기 밝기값 정보를 이용하여 상기 결정 데이터를 설정하도록 동작하는 초음파 시스템.

청구항 10

삭제

청구항 11

제8항에 있어서, 상기 프로세서는,

상기 부가 정보를 이용하여 파워 임계값을 설정하고,

상기 파워 임계값을 기준으로 상기 파워 임계값 이하의 파워에 대응하는 벡터 정보를 필터링하기 위한 상기 결정 데이터를 설정하도록 동작하는 초음파 시스템.

청구항 12

제11항에 있어서, 상기 프로세서는,

상기 결정 데이터를 이용하여 상기 파워 임계값 이하의 파워에 대응하는 벡터 정보를 필터링하기 위한 결정 데이터 곡선을 형성하고,

상기 결정 데이터 곡선을 상기 벡터 정보에 적용하여 필터링을 수행하고,

상기 필터링 처리된 벡터 정보를 이용하여 상기 벡터 도플러 영상을 형성하도록 동작하는 초음파 시스템.

청구항 13

제8항에 있어서, 상기 프로세서는,

상기 부가 정보를 이용하여 파워 임계값을 설정하고,

상기 파워 임계값을 기준으로 상기 파워 임계값 이하의 파워에 대응하는 벡터 정보에 투명 처리를 수행하기 위한 상기 결정 데이터를 설정하도록 동작하는 초음파 시스템.

청구항 14

제13항에 있어서, 상기 프로세서는,

상기 결정 데이터를 이용하여 상기 파워 임계값 이하의 파워에 대응하는 벡터 정보에 투명 처리를 수행하고,

상기 벡터 정보를 이용하여 상기 벡터 도플러 영상을 형성하도록 동작하는 초음파 시스템.

청구항 15

제8항에 있어서, 상기 프로세서는,

상기 부가 정보를 이용하여 파워 임계값을 설정하고,

상기 파워 임계값을 기준으로 상기 파워 임계값 이상의 벡터 정보를 강조시키는 필터링 처리를 수행하기 위한 상기 결정 데이터를 설정하도록 동작하는 초음파 시스템.

청구항 16

제8항에 있어서, 상기 프로세서는,

상기 부가 정보를 이용하여 파워 임계값을 설정하고,

상기 파워 임계값을 기준으로 상기 파워 임계값 이하의 벡터 정보를 강조시키는 필터링 처리를 수행하기 위한 상기 결정 데이터를 설정하도록 동작하는 초음파 시스템.

청구항 17

제15항 또는 제16항에 있어서, 상기 프로세서는,

상기 결정 데이터를 이용하여 결정 데이터 곡선을 형성하고,

상기 결정 데이터 곡선을 상기 벡터 정보에 적용하여 필터링 처리를 수행하고,

상기 필터링 처리된 벡터 정보를 이용하여 상기 벡터 도플러 영상을 형성하도록 동작하는 초음파 시스템.

청구항 18

제1항에 있어서, 상기 프로세서는, 상기 대상체의 속도 및 방향을 나타내는 상기 벡터 정보를 형성하도록 동작하는 초음파 시스템.

청구항 19

벡터 도플러 영상 제공 방법으로서,

a) 대상체에 대응하는 초음파 데이터를 이용하여 상기 대상체의 벡터 정보 및 부가 정보를 검출하는 단계;

b) 상기 부가 정보를 이용하여 상기 대상체에 대응하는 결정 데이터를 설정하는 단계; 및

c) 상기 결정 데이터 및 상기 벡터 정보를 이용하여 벡터 도플러 영상을 형성하는 단계를 포함하되,

상기 단계 c)는,

상기 결정 데이터를 이용하여 상기 대상체를 필터링하기 위한 필터링 처리를 벡터 정보에 수행하는 단계; 및

상기 필터링 처리된 벡터 정보를 이용하여 상기 벡터 도플러 영상을 형성하는 단계를 포함하는 벡터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 20

제19항에 있어서, 상기 단계 a) 수행 이전에,

상기 대상체를 포함하는 생체에 적어도 하나의 송신방향으로 초음파 신호를 송신하고, 상기 생체로부터 반사되는 초음파 빔을 적어도 하나의 수신방향으로 수신하여 상기 초음파 데이터를 획득하는 단계

를 더 포함하는 벡터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 21

제20항에 있어서, 상기 초음파 데이터를 획득하는 단계는,

초음파 신호를 제1 송신방향으로 상기 대상체를 포함하는 생체에 송신하고, 상기 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 제1 수신방향 및 제2 수신방향으로 수신하여 상기 제1 수신방향 및 상기 제2 수신방향 각각에 대응하는 상기 초음파 데이터를 획득하는 단계

를 포함하는 벡터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 22

제20항에 있어서, 상기 초음파 데이터를 획득하는 단계는,

초음파 신호를 제1 송신방향 및 제2 송신방향 각각으로 상기 대상체를 포함하는 생체에 송신하고, 상기 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 제1 수신방향으로 수신하여 상기 제1 송신방향 및 상기 제2 송신방향 각각의 상기 제1 수신방향에 대응하는 상기 초음파 데이터를 획득하는 단계

를 포함하는 벡터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 23

제20항에 있어서, 상기 초음파 데이터를 획득하는 단계는,

초음파 신호를 제1 송신방향 및 제2 송신방향 각각으로 상기 대상체를 포함하는 생체에 송신하고, 상기 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 제1 수신방향 및 제2 수신방향 각각으로 수신하여 상기 제1 수신방향 및 상기 제2 수신방향 각각에 대응하는 상기 초음파 데이터를 획득하는 단계

를 포함하는 벡터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 24

제20항 내지 제23항중 어느 한 항에 있어서, 상기 초음파 신호는 인터리브 송신 방식으로 송신되는 벡터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 25

제20항 내지 제23항중 어느 한 항에 있어서, 상기 초음파 신호는 평면파 신호 또는 집속 신호를 포함하는 벡터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 26

제19항에 있어서, 상기 부가 정보는, 상기 대상체의 파워 정보, 분산 정보, 밝기값 정보 및 도플러 정보 중 적어도 하나를 포함하는 벡터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 27

제26항에 있어서, 상기 단계 b)는,

상기 초음파 데이터를 이용하여 상기 대상체에 대응하는 상기 밝기값 정보를 검출하는 단계; 및

상기 밝기값 정보를 이용하여 상기 결정 데이터를 설정하는 단계

를 포함하는 벡터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 28

삭제

청구항 29

제26항에 있어서, 상기 단계 b)는,

상기 부가 정보를 이용하여 파워 임계값을 설정하는 단계; 및

상기 파워 임계값을 기준으로 상기 파워 임계값 이하의 파워에 대응하는 벡터 정보를 필터링하기 위한 상기 결정 데이터를 설정하는 단계

를 포함하는 벡터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 30

제29항에 있어서, 상기 단계 c)는,

상기 결정 데이터를 이용하여 상기 파워 임계값 이하의 파워에 대응하는 벡터 정보를 필터링하기 위한 결정 데이터 곡선을 형성하는 단계;

상기 결정 데이터 곡선을 상기 벡터 정보에 적용하여 필터링을 수행하는 단계; 및

상기 필터링 처리된 벡터 정보를 이용하여 상기 벡터 도플러 영상을 형성하는 단계

를 포함하는 벡터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 31

제26항에 있어서, 상기 단계 b)는,

상기 부가 정보를 이용하여 파워 임계값을 설정하는 단계; 및

상기 파워 임계값을 기준으로 상기 파워 임계값 이하의 파워에 대응하는 백터 정보에 투명 처리를 수행하기 위한 상기 결정 데이터를 설정하는 단계

를 포함하는 백터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 32

제31항에 있어서, 상기 단계 c)는,

상기 결정 데이터를 이용하여 상기 파워 임계값 이하의 파워에 대응하는 백터 정보에 투명 처리를 수행하는 단계; 및

상기 백터 정보를 이용하여 상기 백터 도플러 영상을 형성하는 단계

를 포함하는 백터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 33

제26항에 있어서, 상기 단계 b)는,

상기 부가 정보를 이용하여 파워 임계값을 설정하는 단계; 및

상기 파워 임계값을 기준으로 상기 파워 임계값 이상의 백터 정보를 강조시키는 필터링 처리를 수행하기 위한 상기 결정 데이터를 설정하는 단계

를 포함하는 백터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 34

제26항에 있어서, 상기 단계 b)는,

상기 부가 정보를 이용하여 파워 임계값을 설정하는 단계; 및

상기 파워 임계값을 기준으로 상기 파워 임계값 이하의 백터 정보를 강조시키는 필터링 처리를 수행하기 위한 상기 결정 데이터를 설정하는 단계

를 포함하는 백터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 35

제33항 또는 제34항에 있어서, 상기 단계 c)는,

상기 결정 데이터를 이용하여 결정 데이터 곡선을 형성하는 단계;

상기 결정 데이터 곡선을 상기 백터 정보에 적용하여 필터링 처리를 수행하는 단계; 및

상기 필터링 처리된 백터 정보를 이용하여 상기 백터 도플러 영상을 형성하는 단계

를 포함하는 백터 도플러 영상 제공 방법.

청구항 36

제19항에 있어서, 상기 단계 b)는,

상기 대상체의 속도 및 방향을 나타내는 상기 백터 정보를 형성하는 단계

를 포함하는 백터 도플러 영상 제공 방법.

명 세 서

기술분야

[0001] 본 발명은 초음파 시스템에 관한 것으로, 특히 결정 데이터에 기초하여 벡터 도플러 영상을 제공하는 초음파 시스템 및 방법에 관한 것이다.

배경 기술

[0002] 초음파 시스템은 무침습 및 비파괴 특성을 가지고 있어, 생체 내부의 정보를 얻기 위한 의료 분야에서 널리 이용되고 있다. 초음파 시스템은 생체를 직접 절개하여 관찰하는 외과 수술의 필요 없이, 생체 내부 조직의 고해상도 영상을 실시간으로 제공할 수 있으므로 의료 분야에서 매우 중요하게 사용되고 있다.

[0003] 초음파 시스템은 대상체로부터 반사되는 초음파 신호(즉, 초음파 에코신호)의 반사 계수를 2차원 영상으로 보이는 B 모드(brightness mode) 영상, 도플러 효과(Doppler effect)를 이용하여 대상체의 속도를 도플러 스펙트럼으로 보이는 도플러 스펙트럼 영상, 도플러 효과를 이용하여 대상체의 속도와 방향을 컬러로 보이는 컬러 도플러 영상, 대상체에 컴프레션(compression)을 가할 때와 가하지 않을 때의 반응 차이를 영상으로 보이는 탄성 영상 등을 제공하고 있다.

[0004] 컬러 도플러 영상은 혈류의 흐름 정도를 컬러에 대응하여 보여주는 것으로, 혈관, 심장 등의 질환을 검증하는데 유용하게 이용된다. 그러나, 컬러 도플러 영상에서의 각 컬러는 초음파 신호가 송신되는 방향으로 혈류가 다가오고 멀어지는 정도를 나타내므로 정확한 혈류의 움직임을 표현하는데 한계가 있다.

[0005] 이러한 문제점을 해결하기 위해, 혈류의 속도뿐만 아니라 방향까지 얻을 수 있는 벡터 도플러 방식이 이용되고 있다. 벡터 도플러 방식중 하나인 교차 빔 기반(cross beam-based) 방식은 2개 이상의 다른 방향으로부터 속도 크기 성분을 획득하고 이들을 조합하여, 2차원 또는 3차원의 방향과 크기 정보를 갖는 벡터를 구하는 것으로 이루어진다.

발명의 내용

해결하려는 과제

[0006] 본 발명은 대상체에 대응하는 결정 데이터를 이용하여 벡터 도플러 영상을 제공하는 초음파 시스템 및 방법을 제공한다.

과제의 해결 수단

[0007] 본 발명에 따른 초음파 시스템은, 대상체에 대응하는 초음파 데이터를 이용하여 상기 대상체의 벡터 정보 및 부가 정보를 검출하고, 상기 부가 정보를 이용하여 상기 대상체에 대응하는 결정 데이터를 설정하고, 상기 결정 데이터 및 상기 벡터 정보를 이용하여 벡터 도플러 영상을 형성하도록 동작하는 프로세서를 포함한다.

[0008] 또한, 본 발명에 따른 벡터 도플러 영상 제공 방법은, a) 대상체에 대응하는 초음파 데이터를 이용하여 상기 대상체의 벡터 정보 및 부가 정보를 검출하는 단계; b) 상기 부가 정보를 이용하여 상기 대상체에 대응하는 결정 데이터를 설정하는 단계; 및 c) 상기 결정 데이터 및 상기 벡터 정보를 이용하여 벡터 도플러 영상을 형성하는 단계를 포함한다.

발명의 효과

[0009] 본 발명은 부가적인 데이터(예를 들어, B 모드 영상에 대응하는 초음파 데이터, 파워 등)를 이용하여 혈류의 양에 따라 벡터 도플러 영상을 제공할 수 있어, 사용자가 병변에서의 혈류 특성을 파악하고 진단하는데 도움을 줄 수 있다.

[0010] 또한, 본 발명은 조직의 밝기와 관련된 혈류의 운동 특성을 관찰할 수 있다.

[0011] 또한, 본 발명은 파워 정보와 관련된 혈류의 운동 특성을 관찰하거나, 혈류 속도 크기에 따라 혈류의 움직임이 균일하지 못한 현상 등을 관찰할 수 있다.

도면의 간단한 설명

[0012] 도 1은 본 발명의 실시예에 따른 초음파 시스템의 구성을 보이는 블록도.

도 2는 B 모드 영상 및 관심영역을 보이는 예시도.

도 3은 본 발명의 실시예에 따른 초음파 데이터 획득부의 구성을 보이는 블록도.

도 4 내지 도 7은 본 발명의 실시예에 따른 송신 빔의 송신 방향 및 수신 빔의 수신 방향을 보이는 예시도.

도 8은 본 발명의 실시예에 따른 샘플링 데이터 및 초음파 영상의 픽셀을 보이는 예시도.

도 9 내지 도 12는 본 발명의 실시예에 따른 수신 빔 포밍 처리를 수행하는 예를 보이는 예시도.

도 13은 본 발명의 실시예에 따라 가중치를 설정하는 예를 보이는 예시도.

도 14는 본 발명의 실시예에 따라 샘플링 데이터 세트를 설정하는 예를 보이는 예시도.

도 15는 본 발명의 실시예에 따라 결정 데이터에 기초하여 벡터 도플러 영상을 형성하는 절차를 보이는 플로우 차트.

도 16은 본 발명의 실시예에 따른 송신 및 수신 방향, 벡터 정보 및 초과 조건 문제(over-determined problem)을 보이는 예시도.

발명을 실시하기 위한 구체적인 내용

[0013] 이하, 첨부된 도면을 참조하여 본 발명의 실시예를 설명한다.

[0014] 도 1은 본 발명의 실시예에 따른 초음파 시스템의 구성을 보이는 블록도이다. 도 1을 참조하면, 초음파 시스템(100)은 사용자 입력부(110)를 포함한다.

[0015] 사용자 입력부(110)는 사용자의 입력정보를 수신한다. 본 실시예에 있어서, 입력정보는 도 2에 도시된 바와 같이, B 모드(brightness mode) 영상(BI)에 관심영역(ROI)을 설정하기 위한 입력정보를 포함한다. 관심영역은 대상체의 벡터 정보(즉, 대상체의 속도 및 방향에 대응하는 벡터 정보)를 이용하여 벡터 도플러 영상을 얻기 위한 컬러 박스(color box)를 포함한다. 벡터 도플러 영상은 2차원 벡터 도플러 영상 또는 3차원 벡터 도플러 영상을 포함한다. 그러나, 입력정보는 반드시 이에 한정되지 않는다. 도 2에 있어서, 도면부호 BV는 혈관벽을 나타낸다. 사용자 입력부(110)는 컨트롤 패널(control panel), 트랙볼(track ball), 마우스(mouse), 키보드(keyboard) 등을 포함한다.

[0016] 초음파 시스템(100)은 초음파 데이터 획득부(120)를 더 포함한다. 초음파 데이터 획득부(120)는 초음파 신호를 생체에 송신한다. 생체는 대상체(예를 들어, 혈류, 혈관, 심장 등)를 포함한다. 또한, 초음파 데이터 획득부(120)는 생체로부터 반사되는 초음파 신호(즉, 초음파 에코신호)를 수신하여 초음파 영상에 대응하는 초음파 데이터를 획득한다.

[0017] 도 3은 본 발명의 실시예에 따른 초음파 데이터 획득부의 구성을 보이는 블록도이다. 도 3을 참조하면, 초음파 데이터 획득부(120)는 초음파 프로브(310)를 포함한다.

[0018] 초음파 프로브(310)는 전기적 신호와 초음파 신호를 상호 변환하도록 동작하는 복수의 변환소자(transducer element)(311, 도 4 참조)를 포함한다. 초음파 프로브(310)는 초음파 신호를 생체에 송신한다. 초음파 프로브(310)로부터 송신된 초음파 신호는 평면파(plane wave) 신호 또는 집속(focused) 신호일 수 있다. 그러나, 초음파 신호는 반드시 이에 한정되지 않는다. 초음파 프로브(310)는 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 수신신호를 형성한다. 수신신호는 아날로그 신호이다. 초음파 프로브(310)는 컨벡스 프로브(convex probe), 리니어 프로브(linear probe) 등을 포함한다.

[0019] 초음파 데이터 획득부(120)는 송신부(320)를 더 포함한다. 송신부(320)는 초음파 신호의 송신을 제어한다. 또한, 송신부(320)는 변환소자를 고려하여, 초음파 영상을 얻기 위한 전기적 신호(이하, 송신신호라 함)를 형성한다.

[0020] 일실시예에 있어서, 송신부(320)는 변환소자(311)를 고려하여, B 모드 영상(BI)을 얻기 위한 송신신호(이하, B 모드 송신신호라 함)를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 B 모드 송신신호가 제공되면, B 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하여 생체에 송신하고, 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 수신신호(이하, B 모드 수신신호라 함)를 형성한다.

[0021] 또한, 송신부(320)는 도 4에 도시된 바와 같이, 초음파 신호(즉, 송신(Tx) 빔)를 송신하는 방향(이하, 송신방향) 및 변환소자(311)를 고려하여, 앙상블 넘버(ensemble number)에 대응하는 송신신호(이하, 도플러 모드 송신신호라 함)를 형성한다. 도 4는 1개의 송신방향(Tx)과, 초음파 에코신호(즉, 수신 빔)이 서로 다른 2개

의 각도로 수신되는 방향(이하, 수신방향(Rx_1 , Rx_2)이라 함)을 보이는 예시도이다. 송신방향은 변환소자(311)의 길이방향과 수직한 방향(0°) 내지 초음파 빔을 최대로 스티어링할 수 있는 방향중 어느 하나의 방향이다. 앙상블 넘버는 빔 포밍(*beamforming reiong*)에 대응하는 도플러 신호를 얻기 위해 초음파 신호를 송수신하는 횟수를 나타낸다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 도플러 모드 송신신호가 제공되면, 도플러 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하여 생체에 송신하고, 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 수신신호(이하, 도플러 모드 수신신호라 함)를 형성한다.

[0022] 다른 실시예에 있어서, 송신부(320)는 변환소자를 고려하여, B 모드 영상(BI)을 얻기 위한 B 모드 송신신호를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 B 모드 송신신호가 제공되면, B 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하여 생체에 송신하고 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 B 모드 수신신호를 형성한다.

[0023] 또한, 송신부(320)는 복수의 송신방향 및 변환소자를 고려하여, 앙상블 넘버에 대응하는 도플러 모드 송신신호를 형성한다. 복수의 송신방향은 서로 다른 송신방향이다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 도플러 모드 송신신호가 제공되면, 도플러 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하여 생체에 송신하고, 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 수신신호(이하, 도플러 모드 수신신호라 함)를 형성한다.

[0024] 예를 들면, 송신부(320)는 도 5에 도시된 바와 같이, 제1 송신방향(Tx_1) 및 변환소자(311)를 고려하여, 앙상블 넘버에 대응하는 제1 도플러 모드 송신신호를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 제1 도플러 모드 송신신호가 제공되면, 제1 도플러 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하고, 변환된 초음파 신호를 제1 송신방향(Tx_1)으로 생체에 송신하고, 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 제1 도플러 모드 수신신호를 형성한다. 또한, 송신부(320)는 도 5에 도시된 바와 같이, 제2 송신방향(Tx_2) 및 변환소자(311)를 고려하여, 앙상블 넘버에 대응하는 제2 도플러 모드 송신신호를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 제2 도플러 모드 송신신호가 제공되면, 제2 도플러 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하고, 변환된 초음파 신호를 제2 송신방향(Tx_2)으로 생체에 송신하고, 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 제2 도플러 모드 수신신호를 형성한다. 도 5에 있어서, PRI는 펄스 반복 간격(*pulse repeat interval*)을 나타낸다.

[0025] 또 다른 실시예에 있어서, 송신부(320)는 변환소자를 고려하여, B 모드 영상(BI)을 얻기 위한 B 모드 송신신호를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 B 모드 송신신호가 제공되면, B 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하여 생체에 송신하고 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 B 모드 수신신호를 형성한다.

[0026] 또한, 송신부(320)는 복수의 송신방향 및 변환소자를 고려하여, 앙상블 넘버에 대응하는 도플러 모드 송신신호를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 도플러 모드 송신신호가 제공되면, 도플러 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하여 생체에 송신하고, 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 수신신호(이하, 도플러 모드 수신신호라 함)를 형성한다. 이때, 초음파 신호는 인터리브 송신(*interleaved Tx*) 방식으로 송신된다.

[0027] 예를 들면, 송신부(320)는 도 6에 도시된 바와 같이, 제1 송신방향(Tx_1) 및 변환소자(311)를 고려하여, 제1 도플러 모드 송신신호를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 제1 도플러 모드 송신신호가 제공되면, 제1 도플러 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하고, 변환된 초음파 신호를 제1 송신방향(Tx_1)으로 생체에 송신한다. 이어서, 송신부(320)는 도 6에 도시된 바와 같이, 제2 송신방향(Tx_2) 및 변환소자(311)를 고려하여, 제2 도플러 모드 송신신호를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 제2 도플러 모드 송신신호가 제공되면, 제2 도플러 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하고, 변환된 초음파 신호를 제2 송신방향(Tx_2)으로 생체에 송신한다. 초음파 프로브(310)는 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 제1 도플러 모드 송신신호에 대응하는 제1 도플러 모드 수신신호를 형성한다. 또한, 초음파 프로브(310)는 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 제2 도플러 모드 송신신호에 대응하는 제2 도플러 모드 수신신호를 형성한다.

[0028] 이어서, 송신부(320)는 도 6에 도시된 바와 같이, PRI를 고려하여 제1 도플러 모드 송신신호를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 제1 도플러 모드 송신신호가 제공되면, 제1 도플러 모드 송신신호

를 초음파 신호로 변환하고, 변환된 초음파 신호를 제1 송신방향(Tx_1)으로 생체에 송신한다. 송신부(320)는 도 6에 도시된 바와 같이, PRI를 고려하여 제2 도플러 모드 송신신호를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 제2 도플러 모드 송신신호가 제공되면, 제2 도플러 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하고, 변환된 초음파 신호를 제2 송신방향(Tx_2)으로 생체에 송신한다. 초음파 프로브(310)는 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 제1 도플러 모드 송신신호에 대응하는 제1 도플러 모드 수신신호를 형성한다. 또한, 초음파 프로브(310)는 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 제2 도플러 모드 송신신호에 대응하는 제2 도플러 모드 수신신호를 형성한다.

[0029] 송신부(320)는 전술한 바와 같은 과정을 수행하여 앙상블 넘버에 대응하는 제1 도플러 모드 송신신호 및 제2 도플러 모드 송신신호를 형성한다.

[0030] 또 다른 실시예에 있어서, 송신부(320)는 변환소자를 고려하여, B 모드 영상(BI)을 얻기 위한 B 모드 송신신호를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 B 모드 송신신호가 제공되면, B 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하여 생체에 송신하고 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 B 모드 수신신호를 형성한다.

[0031] 또한, 송신부(320)는 복수의 송신방향 및 변환소자를 고려하여, 앙상블 넘버에 대응하는 도플러 모드 송신신호를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 도플러 모드 송신신호가 제공되면, 도플러 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하여 생체에 송신하고, 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 수신신호(이하, 도플러 모드 수신신호라 함)를 형성한다. 이때, 초음파 신호는 PRI에 따라 송신된다.

[0032] 예를 들면, 송신부(320)는 도 7에 도시된 바와 같이, 제1 송신방향(Tx_1) 및 변환소자(311)를 고려하여, 제1 도플러 모드 송신신호를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 제1 도플러 모드 송신신호가 제공되면, 제1 도플러 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하고, 변환된 초음파 신호를 제1 송신방향(Tx_1)으로 생체에 송신하고, 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 제1 도플러 모드 수신신호를 형성한다. 송신부(320)는 도 7에 도시된 바와 같이, PRI에 따라 제2 송신방향(Tx_2) 및 변환소자(311)를 고려하여, 제2 도플러 모드 송신신호를 형성한다. 따라서, 초음파 프로브(310)는 송신부(320)로부터 제2 도플러 모드 송신신호가 제공되면, 제2 도플러 모드 송신신호를 초음파 신호로 변환하고, 변환된 초음파 신호를 제2 송신방향(Tx_2)으로 생체에 송신하고, 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 제2 도플러 모드 수신신호를 형성한다.

[0033] 송신부(320)는 전술한 바와 같은 과정을 수행하여 앙상블 넘버에 대응하는 제1 도플러 모드 송신신호 및 제2 도플러 모드 송신신호를 형성한다.

[0034] 전술한 예들에서는 2개의 송신방향 및 2개의 수신방향을 고려하는 것으로 설명하였지만, 반드시 이에 한정되지 않고, 적어도 하나의 송신방향 및 적어도 하나의 수신방향을 고려할 수도 있다.

[0035] 다시 도 3을 참조하면, 초음파 데이터 획득부(120)는 수신부(330)를 더 포함한다. 수신부(330)는 초음파 프로브(310)로부터 제공되는 수신신호를 아날로그 디지털 변환하여 샘플링 데이터를 형성한다. 또한, 수신부(330)는 변환소자를 고려하여 샘플링 데이터에 수신 빔 포밍(receiving beam forming)을 수행하여 수신집속 데이터를 형성한다. 수신 빔 포밍은 아래에서 상세하게 설명한다.

[0036] 본 실시예에 있어서, 수신부(330)는 초음파 프로브(310)로부터 B 모드 수신신호가 제공되면, B 모드 수신신호를 아날로그 디지털 변환하여 샘플링 데이터(이하, B 모드 샘플링 데이터라 함)를 형성한다. 수신부(330)는 B 모드 샘플링 데이터에 수신 빔 포밍을 수행하여 수신집속 데이터(이하, B 모드 수신집속 데이터라 함)를 형성한다.

[0037] 또한, 수신부(330)는 초음파 프로브(310)로부터 도플러 모드 수신신호가 제공되면, 도플러 모드 수신신호를 아날로그 디지털 변환하여 샘플링 데이터(이하, 도플러 모드 샘플링 데이터라 함)를 형성한다. 수신부(330)는 도플러 모드 샘플링 데이터에 수신 빔 포밍을 수행하여 수신집속 데이터(이하, 도플러 모드 수신집속 데이터라 함)를 형성한다.

[0038] 일례로서, 수신부(330)는 초음파 프로브(310)로부터 도플러 모드 수신신호가 제공되면, 도플러 모드 수신신호를 아날로그 디지털 변환하여 도플러 모드 샘플링 데이터를 형성한다. 수신부(330)는 도플러 모드 샘플링 데이터에 수신 빔 포밍을 수행하여 도 4에 도시된 바와 같이, 제1 수신방향(Rx_1)에 대응하는 제1 도플러 모드 수신집속 데이터 및 제2 수신방향(Rx_2)에 대응하는 제2 도플러 모드 수신집속 데이터를 형성한다.

- [0039] 다른 예로서, 수신부(330)는 도 5에 도시된 바와 같이, 초음파 프로브(310)로부터 제1 송신방향(Tx_1)에 대응하는 제1 도플러 모드 수신신호가 제공되면, 제1 도플러 모드 수신신호를 아날로그 디지털 변환하여 제1 도플러 모드 샘플링 데이터를 형성한다. 수신부(330)는 제1 도플러 모드 샘플링 데이터에 수신 빔 포밍을 수행하여 제1 수신방향(Rx_1)에 대응하는 제1 도플러 모드 수신집속 데이터를 형성한다. 수신부(330)는 도 5에 도시된 바와 같이, 초음파 프로브(310)로부터 제2 송신방향(Tx_2)에 대응하는 제2 도플러 모드 수신신호가 제공되면, 제2 도플러 모드 수신신호를 아날로그 디지털 변환하여 제2 도플러 모드 샘플링 데이터를 형성한다. 수신부(330)는 제2 도플러 모드 샘플링 데이터에 수신 빔 포밍을 수행하여 제2 수신방향(Rx_2)에 대응하는 제2 도플러 모드 수신집속 데이터를 형성한다. 이때, 수신방향을 초음파 프로브의 변환소자와 수직으로 하면 최대 구경 크기(aperture size)를 사용할 수 있다.
- [0040] 전술한 예에서는 제1 수신방향(Rx_1)과 제2 수신방향(Rx_2)이 동일한 방향인 것으로 설명하였지만, 다른 실시예에서는 제1 수신방향(Rx_1)과 제2 수신방향(Rx_2)이 상이한 방향일 수도 있다.
- [0041] 또한, 전술한 예들에서는 2개의 수신방향(Rx_1 , Rx_2)에 대응하는 도플러 모드 수신집속 데이터를 형성하는 것으로 설명하였지만, 다른 실시예에서는 필요에 따라 적어도 2개의 수신방향에 대응하는 도플러 모드 수신 집속 데이터를 형성할 수도 있다.
- [0042] 이하, 첨부된 도면을 참조하여 수신 빔 포밍에 대해 설명하기로 한다.
- [0043] 일 실시예에 있어서, 수신부(330)는 도 8에 도시된 바와 같이, 초음파 프로브(310)로부터 복수의 채널($CH_k(1 \leq k \leq p)$)를 통해 수신되는 수신신호를 아날로그 디지털 변환하여 샘플링 데이터($S_{k,j}(i \leq j \leq t)$)를 형성한다. 샘플링 데이터($S_{k,j}$)는 저장부(140)에 저장될 수 있다. 수신부(330)는 변환소자의 위치와, 초음파 영상(UI)의 픽셀의 방위(orientation)에 기초하여, 각 샘플링 데이터에 대응하는 픽셀을 검출한다. 즉, 수신부(330)는 변환소자의 위치와, 초음파 영상의 픽셀의 방위에 기초하여, 각 샘플링 데이터가 수신 빔 포밍 처리에 이용되는 픽셀을 검출한다. 수신부(330)는 검출된 픽셀에 해당 샘플링 데이터를 누적 할당한다.
- [0044] 예를 들면, 수신부(330)는 도 9에 도시된 바와 같이, 샘플링 데이터($S_{6,3}$)에 대응하는 픽셀, 즉 샘플링 데이터($S_{6,3}$)가 수신 빔 포밍 처리에 이용되는 픽셀을 검출하기 위한 곡선(이하, 수신 빔 포밍 곡선이라 함)($CV_{6,3}$)을 설정한다. 수신부(330)는 초음파 영상(UI)의 픽셀들($P_{a,b}(1 \leq a \leq M, 1 \leq b \leq M)$)에서 수신 빔 포밍 곡선($CV_{6,3}$)에 대응하는 픽셀($P_{3,1}, P_{3,2}, P_{4,2}, P_{4,3}, P_{4,4}, P_{4,5}, P_{4,6}, P_{4,7}, P_{4,8}, P_{4,9}, \dots, P_{3,N}$)을 검출한다. 수신부(330)는 도 10에 도시된 바와 같이 검출된 픽셀($P_{3,1}, P_{3,2}, P_{4,2}, P_{4,3}, P_{4,4}, P_{4,5}, P_{4,6}, P_{4,7}, P_{4,8}, P_{4,9}, \dots, P_{3,N}$)에 샘플링 데이터($S_{6,3}$)를 누적 할당한다.
- [0045] 이어서, 수신부(330)는 변환소자의 위치와, 초음파 영상의 픽셀의 방위에 기초하여, 도 11에 도시된 바와 같이 샘플링 데이터($S_{6,4}$)에 대응하는 픽셀, 즉 샘플링 데이터($S_{6,4}$)가 수신 빔 포밍 처리에 이용되는 픽셀을 검출하기 위한 수신 빔 포밍 곡선($CV_{6,4}$)을 설정한다. 수신부(330)는 초음파 영상(UI)의 픽셀들($P_{a,b}(1 \leq a \leq M, 1 \leq b \leq M)$)에서 수신 빔 포밍 곡선($CV_{6,3}$)에 대응하는 픽셀($P_{2,1}, P_{3,1}, P_{3,2}, P_{4,2}, P_{4,3}, P_{4,4}, P_{5,4}, P_{5,5}, P_{5,6}, P_{5,7}, P_{5,8}, P_{4,9}, P_{5,9}, \dots, P_{4,N}, P_{3,N}$)을 검출한다. 수신부(330)는 도 12에 도시된 바와 같이, 검출된 픽셀($P_{2,1}, P_{3,1}, P_{3,2}, P_{4,2}, P_{4,3}, P_{4,4}, P_{5,4}, P_{5,5}, P_{5,6}, P_{5,7}, P_{5,8}, P_{4,9}, P_{5,9}, \dots, P_{4,N}, P_{3,N}$)에 샘플링 데이터($S_{6,4}$)를 누적 할당한다.
- [0046] 수신부(330)는 초음파 영상(UI)의 픽셀들($P_{a,b}$) 각각에 누적 할당된 샘플링 데이터에 수신 빔 포밍 처리(즉, 가산(summing))를 수행하여 수신집속 데이터를 형성한다.
- [0047] 다른 실시예에 있어서, 수신부(330)는 도 8에 도시된 바와 같이, 초음파 프로브(310)로부터 복수의 채널($CH_k(1 \leq k \leq p)$)을 통해 제공되는 수신신호를 아날로그 디지털 변환하여 샘플링 데이터($S_{k,j}$)를 형성한다. 샘플링 데이터($S_{k,j}$)는 저장부(140)에 저장될 수 있다. 수신부(330)는 변환소자의 위치와, 초음파 영상의 픽셀의 방위에 기초하여, 각 샘플링 데이터에 대응하는 픽셀을 검출한다. 즉, 수신부(330)는 변환소자의 위치와, 초음파 영상의 픽셀의 방위에 기초하여, 각 샘플링 데이터가 수신 빔 포밍 처리에 이용되는 픽셀을 검출한다. 수신부(330)는 검출된 픽셀에 해당 샘플링 데이터를 누적 할당한다. 수신부(330)는 검출된 픽셀중에서 동일한 열(column)에 존

제하는 픽셀을 검출하고, 동일한 열에 존재하는 픽셀에 대응하는 가중치를 설정하며, 설정된 가중치를 해당 픽셀에 할당된 샘플링 데이터에 가한다.

[0048] 예를 들면, 수신부(330)는 변환소자의 위치와 초음파 영상의 픽셀의 방위에 기초하여, 도 9에 도시된 바와 같이 샘플링 데이터($S_{6,3}$)에 대응하는 픽셀, 즉 샘플링 데이터($S_{6,3}$)가 수신 빔 포밍 처리에 이용되는 픽셀을 검출하기 위한 수신 빔 포밍 곡선($CV_{6,3}$)을 설정한다. 수신부(330)는 초음파 영상(UI)의 픽셀들($P_{a,b}(1 \leq a \leq M, 1 \leq b \leq N)$)에서 수신 빔 포밍 곡선($CV_{6,3}$)에 대응하는 픽셀($P_{3,1}, P_{3,2}, P_{4,2}, P_{4,3}, P_{4,4}, P_{4,5}, P_{4,6}, P_{4,7}, P_{4,8}, P_{4,9}, \dots P_{3,N}$)을 검출한다. 수신부(330)는 도 10에 도시된 바와 같이 검출된 픽셀($P_{3,1}, P_{3,2}, P_{4,2}, P_{4,3}, P_{4,4}, P_{4,5}, P_{4,6}, P_{4,7}, P_{4,8}, P_{4,9}, \dots P_{3,N}$)에 샘플링 데이터($S_{6,3}$)를 누적 할당한다. 수신부(330)는 도 13에 도시된 바와 같이, 검출된 픽셀($P_{3,1}, P_{3,2}, P_{4,2}, P_{4,3}, P_{4,4}, P_{4,5}, P_{4,6}, P_{4,7}, P_{4,8}, P_{4,9}, \dots P_{3,N}$)중에서 동일한 열에 존재하는 픽셀($P_{3,2}, P_{4,2}$)의 중점을 기준으로 중점과 수신 빔 포밍 곡선($CV_{6,3}$) 간의 거리(W_1 및 W_2)를 산출하고, 산출된 거리에 기초하여 픽셀($P_{3,2}$)에 대한 제1 가중치(α_1) 및 픽셀($P_{4,2}$)에 대한 제2 가중치(α_2)를 설정한다. 제1 가중치(α_1) 및 제2 가중치(α_2)는 산출된 거리에 비례 또는 반비례하게 설정될 수 있다. 수신부(330)는 제1 가중치(α_1)를 픽셀($P_{3,2}$)에 할당된 샘플링 데이터($S_{6,3}$)에 가하고, 제2 가중치(α_2)는 픽셀($P_{4,2}$)에 할당된 샘플링 데이터($S_{6,3}$)에 가한다. 수신부(330)는 나머지 샘플링 데이터에 대해서도 전술한 바와 같이 수행한다.

[0049] 수신부(330)는 초음파 영상(UI)의 픽셀들($P_{a,b}$) 각각에 누적 할당된 샘플링 데이터에 수신 빔 포밍 처리를 수행하여 수신집속 데이터를 형성한다.

[0050] 또 다른 실시예에 있어서, 수신부(330)는 도 8에 도시된 바와 같이, 초음파 프로브(310)로부터 복수의 채널($CH_k(1 \leq k \leq N)$)을 통해 제공되는 수신신호를 아날로그 디지털 변환하여 샘플링 데이터($S_{k,j}$)를 형성한다. 샘플링 데이터($S_{k,j}$)는 저장부(140)에 저장될 수 있다. 수신부(330)는 샘플링 데이터($S_{k,j}$)중에서 수신 빔 포밍 처리에 이용되는 픽셀을 검출하기 위한 샘플링 데이터 세트를 설정한다.

[0051] 예를 들면, 수신부(330)는 도 14에 도시된 바와 같이, 샘플링 데이터($S_{k,j}$)중에서 수신 빔 포밍에 관여하는 픽셀을 검출하기 위한 샘플링 데이터 세트($S_{1,1}, S_{1,4} \dots S_{1,t}, S_{2,1}, S_{2,4} \dots S_{2,t} \dots S_{p,t}$)(박스 표시)를 설정한다.

[0052] 수신부(330)는 변환소자의 위치와, 초음파 영상의 픽셀의 방위에 기초하여, 샘플링 데이터 세트의 각 샘플링 데이터에 대응하는 픽셀을 검출한다. 즉, 수신부(330)는 변환소자의 위치와, 초음파 영상의 픽셀의 방위에 기초하여, 샘플링 데이터 세트의 각 샘플링 데이터가 수신 빔 포밍 처리에 이용되는 픽셀을 검출한다. 수신부(330)는 검출된 픽셀에 해당 샘플링 데이터를 전술한 실시예와 같이 누적 할당한다. 수신부(330)는 초음파 영상의 픽셀들 각각에 누적 할당된 샘플링 데이터에 수신 빔 포밍 처리를 수행하여 수신집속 데이터를 형성한다.

[0053] 또 다른 실시예에 있어서, 수신부(330)는 초음파 프로브(310)로부터 복수의 채널을 통해 제공되는 수신신호를 다운 샘플링하여 다운 샘플링된 샘플링 데이터를 형성한다. 수신부(330)는 전술한 바와 같이, 변환소자의 위치와 초음파 영상의 픽셀의 방위에 기초하여, 각 샘플링 데이터에 대응하는 픽셀을 검출한다. 즉, 수신부(330)는 변환소자의 위치와 초음파 영상의 픽셀의 방위에 기초하여, 각 샘플링 데이터가 수신 빔 포밍 처리에 이용되는 픽셀을 검출한다. 수신부(330)는 검출된 픽셀에 해당 샘플링 데이터를 전술한 실시예와 같이 누적 할당한다. 수신부(330)는 초음파 영상의 픽셀들 각각에 누적 할당된 샘플링 데이터에 수신 빔 포밍 처리를 수행하여 수신집속 데이터를 형성한다.

[0054] 그러나, 수신 빔 포밍은 반드시 이에 한정되지 않고 다양한 수신 빔 포밍 방법이 이용될 수 있다.

[0055] 다시 도 3을 참조하면, 초음파 데이터 획득부(120)는 초음파 데이터 형성부(340)를 더 포함한다. 초음파 데이터 형성부(340)는 수신부(330)로부터 제공되는 수신집속 데이터를 이용하여 초음파 영상에 대응하는 초음파 데이터를 형성한다. 또한, 초음파 데이터 형성부(340)는 초음파 데이터를 형성하는데 필요한 다양한 데이터 처리(예를 들어, 이득(gain) 조절 등)을 수신집속 데이터에 수행할 수도 있다.

[0056] 본 실시예에 있어서, 초음파 데이터 형성부(340)는 수신부(330)로부터 B 모드 수신집속 데이터가 제공되면, B 모드 수신집속 데이터를 이용하여 B 모드 영상에 대응하는 초음파 데이터(이하, B 모드 초음파 데이터라 함)를 형성한다. B 모드 초음파 데이터는 RF(radio frequency) 데이터를 포함한다.

[0057] 또한, 초음파 데이터 형성부(340)는 수신부(330)로부터 도플러 모드 수신집속 데이터가 제공되면, 도플러 모드

수신집속 데이터를 이용하여 벡터 도플러 영상에 대응하는 초음파 데이터(이하, 도플러 모드 초음파 데이터라 함)를 형성한다. 도플러 모드 초음파 데이터는 RF 데이터 또는 IQ(in-phase/quadrature) 데이터를 포함한다. 그러나, 도플러 모드 초음파 데이터는 반드시 이에 한정되지 않는다.

[0058] 일례로서, 초음파 데이터 형성부(340)는 수신부(330)로부터 제1 도플러 모드 수신집속 데이터가 제공되면, 제1 도플러 모드 수신집속 데이터를 이용하여 제1 도플러 모드 초음파 데이터를 형성한다. 또한, 초음파 데이터 형성부(340)는 수신부(330)로부터 제2 도플러 모드 수신집속 데이터가 제공되면, 제2 도플러 모드 수신집속 데이터를 이용하여 제2 도플러 모드 초음파 데이터를 형성한다.

[0059] 다시 도 1을 참조하면, 초음파 시스템(100)은 프로세서(130)를 더 포함한다. 프로세서(130)는 사용자 입력부(110) 및 초음파 데이터 획득부(120)에 연결된다. 프로세서(130)는 CPU(central processing unit), 마이크로프로세서(microprocessor), GPU(graphic processing unit) 등을 포함한다.

[0060] 도 15는 본 발명의 실시예에 따라 결정 데이터(decision data)에 기초하여 벡터 도플러 영상을 형성하는 절차를 보이는 플로우차트이다. 도 15를 참조하면, 프로세서(130)는 초음파 데이터 획득부(120)로부터 제공되는 제1 초음파 데이터를 이용하여 B 모드 영상(BI)을 형성한다(S1502). B 모드 영상(BI)은 디스플레이부(150)에 디스플레이된다. 따라서, 사용자는 사용자 입력부(110)를 이용하여 디스플레이부(150)에 디스플레이된 B 모드 영상(BI)에 관심영역(ROI)을 설정한다.

[0061] 프로세서(130)는 사용자 입력부(110)로부터 제공되는 입력정보에 기초하여 B 모드 영상(BI)에 관심영역(ROI)을 설정한다(S1504). 따라서, 초음파 데이터 획득부(120)는 관심영역(ROI)을 고려하여 초음파 신호를 생체에 송신하고 생체로부터 반사되는 초음파 에코신호를 수신하여 도플러 모드 초음파 데이터를 획득한다.

[0062] 프로세서(130)는 초음파 데이터 획득부(120)로부터 제공되는 도플러 모드 초음파 데이터를 이용하여 대상체의 벡터 정보(즉, 대상체의 속도 및 방향에 대응하는 벡터 크기 및 방향을 나타내는 벡터 정보)를 검출한다(S1506).

[0063] 일반적으로, 초음파 신호의 송신방향(Tx)과 초음파 에코신호의 수신방향(Rx)이 동일하고, 초음파 신호(즉, 송신 빔 또는 수신 빔)와 혈류가 이루는 각도가 θ 인 경우, 다음과 같은 관계가 성립한다.

수학식 1

$$X \cos \theta = \frac{C_0 f_d}{2 f_0}$$

[0065] 수학식 1에 있어서, X는 혈류의 속도 크기, C_0 는 생체내 초음파 음속, f_d 는 도플러 시프트 주파수(Doppler shift frequency), f_0 는 초음파 메인 주파수(main frequency)를 나타낸다.

[0066] 양상블 넘버에 대응하는 초음파 신호(즉, 송신 빔)의 송신을 통해, 도플러 시프트 주파수가 산출될 수 있고, 수학식 1을 통해 송신(Tx) 빔 방향으로 투사된 속도 성분($X \cos \theta$)이 산출될 수 있다.

[0067] 한편, 초음파 신호(즉, 송신 빔)의 송신방향(Tx) 빔과 초음파 에코신호(즉, 수신 빔)의 수신방향(Rx)이 상이하면, 다음과 같은 관계가 성립한다.

수학식 2

$$X \cos \theta_T + X \cos \theta_R = \frac{C_0 f_d}{f_0}$$

[0069] 수학식 2에 있어서, θ_T 는 초음파 신호(즉, 송신 빔)와 혈류가 이루는 각도, θ_R 는 초음파 에코신호(즉, 수신

빔)와 혈류가 이루는 각도를 나타낸다.

[0070] 도 16은 본 발명의 실시예에 따른 송신 및 수신 방향, 벡터 정보 및 초과 조건 문제(over-determined problem)을 보이는 예시도이다. 도 16을 참조하여, 초음파 신호(즉, 송신 빔)가 제1 방향(D1)으로 송신되고, 초음파 에코신호(즉, 수신 빔)가 제1 방향(D1)으로 수신되면, 다음과 같은 관계가 얻어질 수 있다.

수학식 3

$$\vec{\alpha_1} \vec{X} = \alpha_{11}x_1 + \alpha_{12}x_2 = y_1 = X \cos \theta_1$$

[0071]

[0072] 수학식 1에 있어서, $\vec{\alpha_1} = (\alpha_{11}, \alpha_{12})$ 는 제1 방향의 단위 벡터이고, $\vec{X} = (x_1, x_2)$ 는 변수를 나타내며, y_1 은 수학식 1로부터 산출될 수 있다.

[0073] 한편, 초음파 신호(즉, 송신 빔)가 제2 방향(D2)으로 송신되고, 초음파 에코신호(즉, 수신 빔)가 제3 방향(D3)으로 수신되면, 다음과 같은 관계가 얻어질 수 있다.

수학식 4

$$(\alpha_{21} + \alpha_{31})x_1 + (\alpha_{22} + \alpha_{32})x_2 = (y_2 + y_3) = X \cos \theta_2 + X \cos \theta_3$$

[0074]

[0075] 수학식 3 및 수학식 4는 2차원 환경을 가정한 것이고, 3차원으로 확장될 수 있다. 즉, 수학식 3 및 수학식 4를 3차원으로 확장하면, 다음과 같은 관계가 얻어질 수 있다.

수학식 5

$$\alpha_{11}x_1 + \alpha_{12}x_2 + \alpha_{13}x_3 = y$$

[0076]

[0077] 2차원 벡터의 경우 변수(x_1, x_2)가 산출되어야 하므로 2개 이상의 수신관계가 필요하다. 예를 들면, 도 16에 있어서, 송신 빔이 제3 방향(D3)으로 송신되고, 수신 빔이 제2 방향(D2) 및 제4 방향(D4)로 수신되면, 다음과 같은 2개의 수학식이 얻어진다.

수학식 6

$$(\alpha_{31} + \alpha_{21})x_1 + (\alpha_{32} + \alpha_{22})x_2 = (y_3 + y_2)$$

[0078]

$$(\alpha_{31} + \alpha_{41})x_1 + (\alpha_{32} + \alpha_{42})x_2 = (y_3 + y_4)$$

[0079]

[0080] 수학식 6에서의 2개의 수학식으로부터 벡터 $\vec{X} = (x_1, x_2)$ 가 산출될 수 있다.

[0081] 한편, 수신 빔 포밍이 2개 이상의 각도(즉, 수신방향)로 수행되면, 도 16에 도시된 바와 같이, 2개 이상의 수학식이 얻어지며 초과 조건 문제(over-determined problem)으로 나타낼 수 있다. 초과 조건 문제는 도플러 시프트 주파수에 추가된 노이즈 특성에 따라 의사 역행렬 방법(Pseudo inverse method), 가중 최소 제곱법(weighted least square method) 등에 의해 산출될 수 있다. 즉, M개의 송신방향과, 각 송신마다 N개의 수신방향의 빔 포

밍을 통해 $M \times N$ 개의 수학식이 획득될 수 있다.

- [0082] 다시 도 15를 참조하면, 프로세서(130)는 초음파 데이터 획득부(120)로부터 제공되는 도플러 모드 초음파 데이터를 이용하여 대상체에 대응하는 부가 정보를 검출한다(S1508). 본 실시예에 있어서, 부가 정보는 대상체의 파워 정보(또는 분산 정보), 세기값(즉, 밝기값) 정보 및 도플러 정보 중 적어도 하나를 포함한다.
- [0083] 전술한 실시예에서는 초음파 데이터(즉, 도플러 모드 초음파 데이터)를 이용하여 벡터 정보를 검출하고, 부가 정보를 검출하는 것으로 설명하였지만, 반드시 이에 한정되지 않고, 초음파 데이터(즉, 도플러 모드 초음파 데이터)를 이용하여 벡터 정보 및 부가 정보를 동시에 검출하거나, 부가 정보를 검출하고 벡터 정보를 검출할 수도 있다.
- [0084] 프로세서(130)는 부가 정보를 이용하여 결정 데이터를 설정한다(S1510). 결정 데이터는 대상체의 유무 및 양을 결정하기 위한 데이터이다. 즉, 결정 데이터는 벡터 정보에 필터링 처리를 수행하기 위한 데이터이다. 결정 데이터는 공지된 다양한 방법을 이용하여 설정될 수 있다.
- [0085] 일실시예에 있어서, 프로세서(130)는 부가 정보를 이용하여 대상체(예를 들어, 혈관벽(BV))에 대응하는 세기값(즉, 밝기값)을 검출한다. 프로세서(130)는 검출된 밝기값을 벡터 도플러 영상에서 혈관벽을 필터링(즉, 투명 처리)하는 필터링 처리를 수행하기 위한 결정 데이터로서 설정한다.
- [0086] 다른 실시예에 있어서, 프로세서(130)는 부가 정보를 이용하여 파워 임계값을 설정한다. 파워 임계값은 공지된 다양한 방법을 이용하여 설정될 수 있으므로 본 실시예에서 상세하게 설명하지 않는다. 프로세서(130)는 파워 임계값을 기준으로 파워 임계값 이하의 파워에 대응하는 벡터 정보를 필터링(제거)하기 위한 결정 데이터를 설정한다.
- [0087] 또 다른 실시예에 있어서, 프로세서(130)는 부가 정보를 이용하여 파워 임계값을 설정한다. 프로세서(130)는 파워 임계값을 기준으로 파워 임계값 이하의 파워에 대응하는 벡터 정보에 투명 처리를 수행하기 위한 결정 데이터를 설정한다.
- [0088] 또 다른 실시예에 있어서, 프로세서(130)는 부가 정보를 이용하여 파워 임계값을 설정한다. 프로세서(130)는 파워 임계값을 기준으로 파워 임계값 이하의 벡터 정보를 약화시키고, 파워 임계값 이상의 벡터 정보를 강조시키는 필터링 처리를 수행하기 위한 결정 데이터를 설정한다. 필터링 처리는 알파 블렌딩 처리를 포함한다. 그러나, 필터링 처리는 반드시 이에 한정되지 않는다.
- [0089] 또 다른 실시예에 있어서, 프로세서(130)는 부가 정보를 이용하여 파워 임계값을 설정한다. 프로세서(130)는 파워 임계값을 기준으로 파워 임계값 이하의 벡터 정보를 강조시키고, 파워 임계값 이상의 벡터 정보를 약화시키는 필터링 처리를 수행하기 위한 결정 데이터를 설정한다.
- [0090] 프로세서(130)는 결정 데이터 및 벡터 정보를 이용하여 벡터 도플러 영상을 형성한다(S1512). 벡터 도플러 영상은 벡터 정보를 컬러 휠로 나타내는 벡터 도플러 영상, 벡터 크기를 길이로 나타내고 벡터 방향을 화살표로 나타내는 벡터 도플러 영상, 대상체의 움직임은 파티클의 움직임으로 나타내는 벡터 도플러 영상 등을 포함한다.
- [0091] 일실시예에 있어서, 프로세서(130)는 결정 데이터를 이용하여 대상체(예를 들어, 혈관벽)을 필터링하기 위한 필터링 처리를 벡터 정보에 수행한다. 프로세서(130)는 필터링 처리된 벡터 정보를 이용하여 벡터 도플러 영상을 형성한다.
- [0092] 다른 실시예에 있어서, 프로세서(130)는 결정 데이터를 이용하여 파워 임계값 이하의 파워에 대응하는 벡터 정보를 필터링하기 위한 결정 데이터 곡선을 형성한다. 프로세서(130)는 결정 데이터 곡선을 벡터 정보에 적용하여 필터링 처리를 수행한다. 프로세서(130)는 필터링 처리된 벡터 정보를 이용하여 벡터 도플러 영상을 형성한다.
- [0093] 또 다른 실시예에 있어서, 프로세서(130)는 결정 데이터를 이용하여 파워 임계값 이하의 파워에 대응하는 벡터 정보를 검출하고, 검출된 벡터 정보에 투명 처리를 수행한다. 프로세서(130)는 벡터 정보를 이용하여 벡터 도플러 영상을 형성한다.
- [0094] 또 다른 실시예에 있어서, 프로세서(130)는 결정 데이터를 이용하여, 파워 임계값 이하의 벡터 정보를 약화시키고 파워 임계값 이상의 벡터 정보를 강조시키기 위한 결정 데이터 곡선을 형성한다.
- [0095] 일례로서, 프로세서(130)는 결정 데이터를 이용하여 대상체의 양(예를 들어, 혈류의 양 등)에 따라 파티클 밀도(particle density), 파티클 크기 및 파티클 테일(particle tail) 중 적어도 하나를 조절하기 위한 결정 데이

터 곡선을 형성한다.

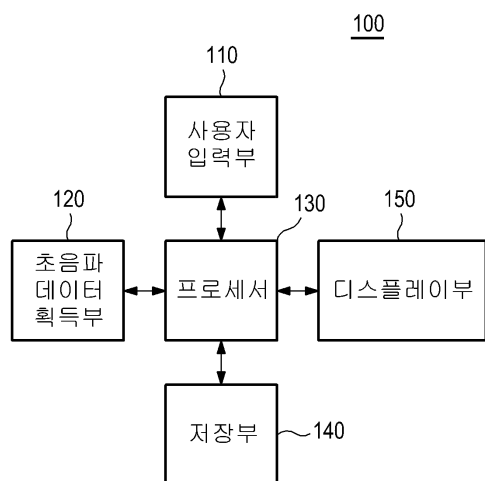
- [0096] 다른 예로서, 프로세서(130)는 결정 데이터를 이용하여 대상체의 양에 따라 화살표 크기, 화살표 밀도, 화살표 길이 및 컬러 중 적어도 하나를 조절하기 위한 결정 데이터 곡선을 형성한다.
- [0097] 또 다른 예로서, 프로세서(130)는 결정 데이터를 이용하여 대상체의 양에 따라 스트림라인 밀도(streamline density), 스트림라인 컬러 및 스트림라인 알파 블렌딩중 적어도 하나를 조절하기 위한 결정 데이터 곡선을 형성한다.
- [0098] 또 다른 예로서, 프로세서(130)는 결정 데이터를 이용하여 대상체의 양에 따라 프로파일 라인(profile line)의 굵기, 밀도, 알파 블렌딩 및 점성 중 적어도 하나를 조절하기 위한 결정 데이터 곡선을 형성한다.
- [0099] 프로세서(130)는 결정 데이터 곡선을 벡터 정보에 적용하여 필터링 처리를 수행한다. 프로세서(130)는 필터링 처리된 벡터 정보를 이용하여 벡터 도플러 영상을 형성한다.
- [0100] 또 다른 실시예에 있어서, 프로세서(130)는 결정 데이터를 이용하여, 파워 임계값 이하의 벡터 정보를 강조시키고 파워 임계값 이상의 벡터 정보를 약화시키기 위한 결정 데이터 곡선을 형성한다. 프로세서(130)는 결정 데이터 곡선을 벡터 정보에 적용하여 필터링 처리를 수행한다. 프로세서(130)는 필터링 처리된 벡터 정보를 이용하여 벡터 도플러 영상을 형성한다.
- [0101] 다시 도 1을 참조하면, 초음파 시스템(100)은 저장부(140)를 더 포함한다. 저장부(140)는 초음파 데이터 획득부(120)에서 획득된 초음파 데이터(B 모드 초음파 데이터 및 도플러 모드 초음파 데이터)를 저장한다. 또한, 저장부(140)는 프로세서(130)에서 검출된 벡터 정보를 저장할 수도 있다.
- [0102] 초음파 시스템(100)은 디스플레이부(150)를 더 포함한다. 디스플레이부(150)는 프로세서(130)에서 형성된 B 모드 영상(BI)을 디스플레이한다. 또한, 디스플레이부(150)는 프로세서(130)에서 형성된 벡터 도플러 영상을 디스플레이한다.
- [0103] 본 발명은 바람직한 실시예를 통해 설명되고 예시되었으나, 당업자라면 첨부된 특허청구범위의 사항 및 범주를 벗어나지 않고 여러 가지 변경 및 변형이 이루어질 수 있음을 알 수 있을 것이다.

부호의 설명

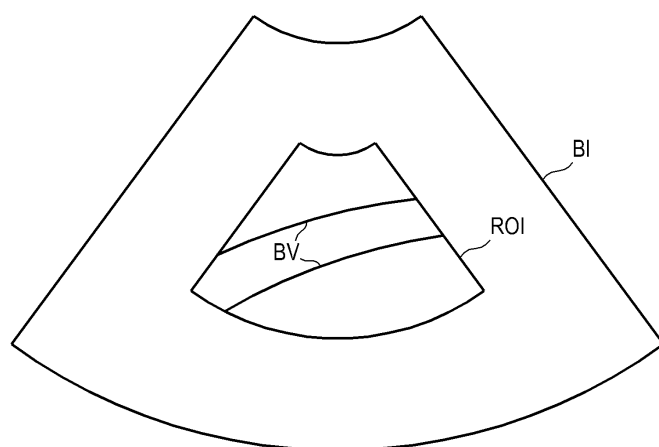
- | | |
|---------------------|------------------|
| [0104] 100: 초음파 시스템 | 110: 사용자 입력부 |
| 120: 초음파 데이터 획득부 | 130: 프로세서 |
| 140: 저장부 | 150: 디스플레이부 |
| 310: 초음파 프로브 | 320: 송신부 |
| 330: 수신부 | 340: 초음파 데이터 형성부 |
| BI: B 모드 영상 | ROI: 관심영역 |

도면

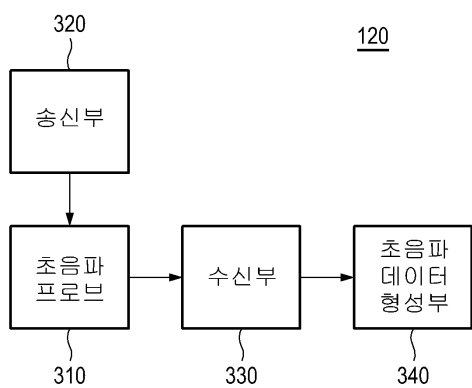
도면1



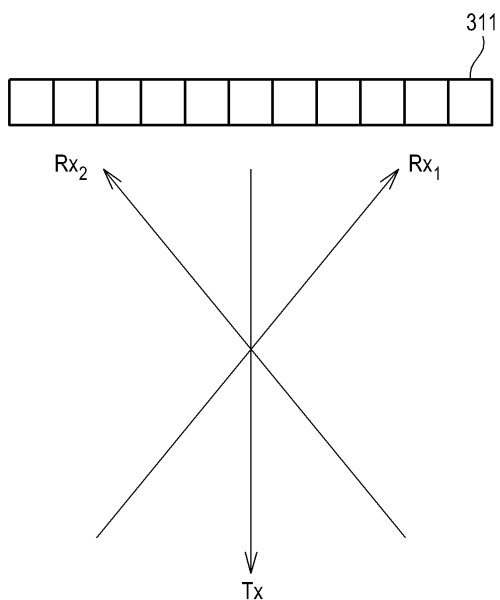
도면2



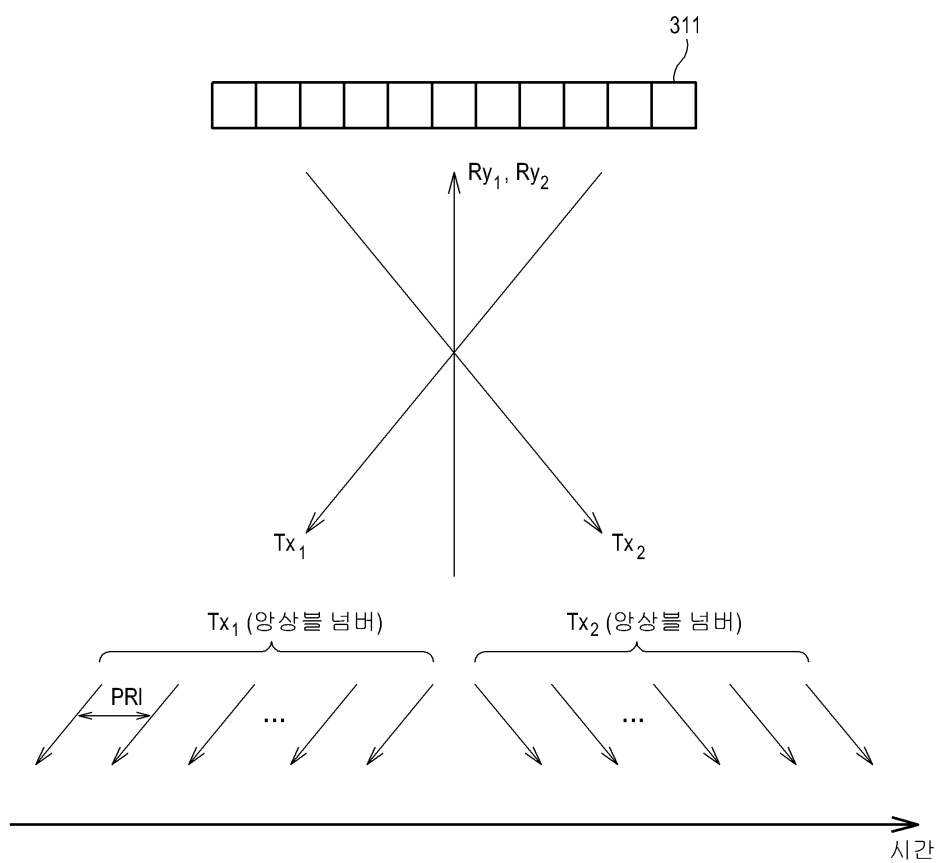
도면3



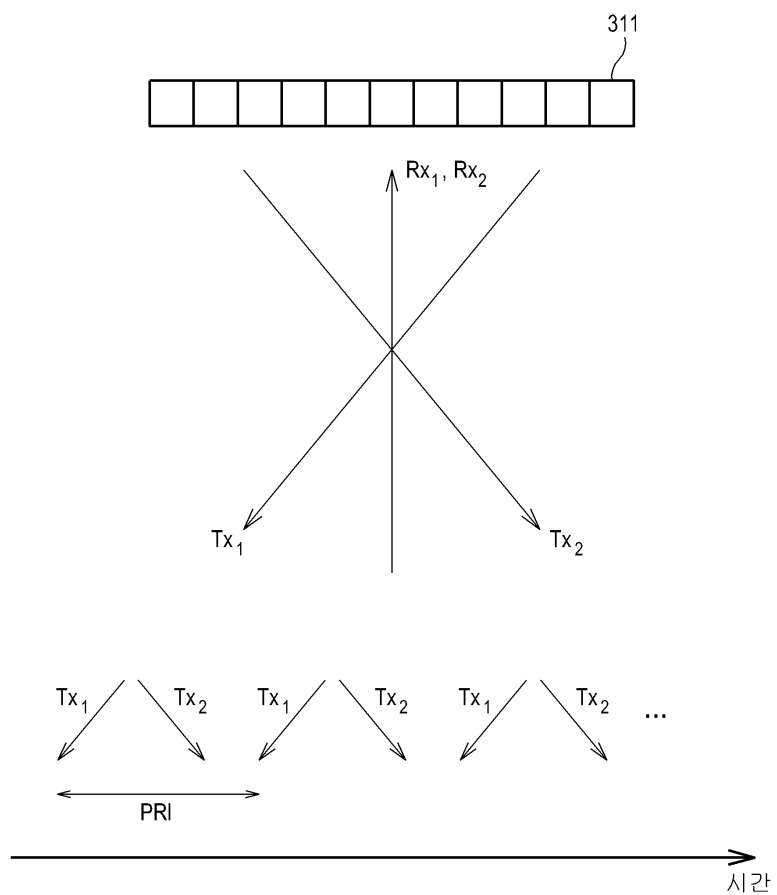
도면4



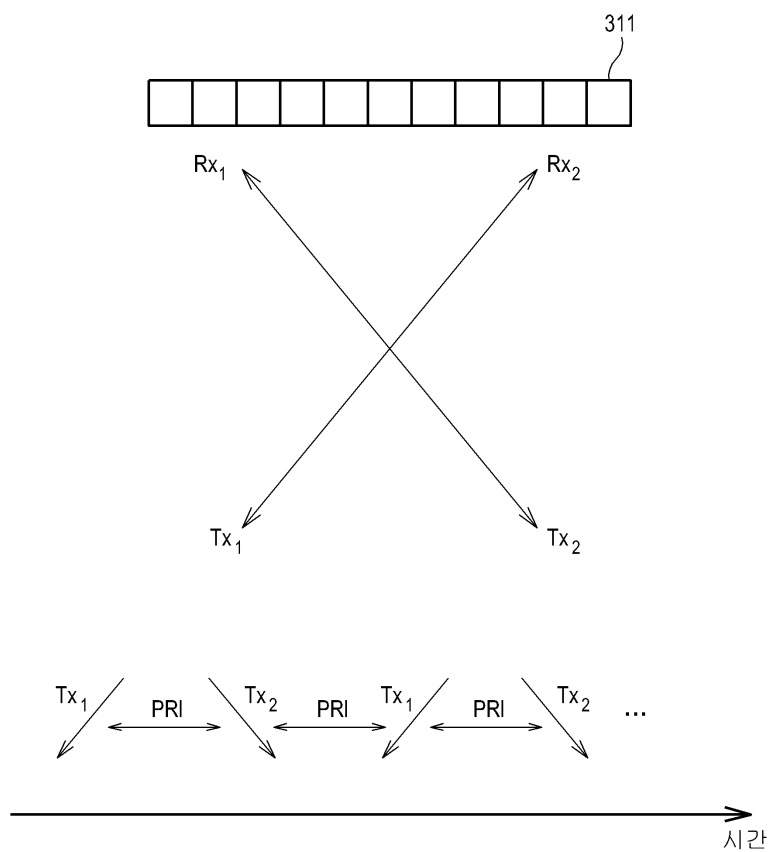
도면5



도면6



도면7



도면8

$S_{1,t}$	$S_{2,t}$	$S_{3,t}$	$S_{4,t}$	$S_{5,t}$	$S_{6,t}$	$S_{7,t}$	$S_{8,t}$	$S_{9,t}$	$S_{10,t}$	$S_{11,t}$	...	$S_{p,t}$
$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$
$S_{1,6}$	$S_{2,6}$	$S_{3,6}$	$S_{4,6}$	$S_{5,6}$	$S_{6,6}$	$S_{7,6}$	$S_{8,6}$	$S_{9,6}$	$S_{10,6}$	$S_{11,6}$	...	$S_{p,6}$
$S_{1,5}$	$S_{2,5}$	$S_{3,5}$	$S_{4,5}$	$S_{5,5}$	$S_{6,5}$	$S_{7,5}$	$S_{8,5}$	$S_{9,5}$	$S_{10,5}$	$S_{11,5}$	...	$S_{p,5}$
$S_{1,4}$	$S_{2,4}$	$S_{3,4}$	$S_{4,4}$	$S_{5,4}$	$S_{6,4}$	$S_{7,4}$	$S_{8,4}$	$S_{9,4}$	$S_{10,4}$	$S_{11,4}$	...	$S_{p,4}$
$S_{1,3}$	$S_{2,3}$	$S_{3,3}$	$S_{4,3}$	$S_{5,3}$	$S_{6,3}$	$S_{7,3}$	$S_{8,3}$	$S_{9,3}$	$S_{10,3}$	$S_{11,3}$	...	$S_{p,3}$
$S_{1,2}$	$S_{2,2}$	$S_{3,2}$	$S_{4,2}$	$S_{5,2}$	$S_{6,2}$	$S_{7,2}$	$S_{8,2}$	$S_{9,2}$	$S_{10,2}$	$S_{11,2}$	...	$S_{p,2}$
$S_{1,1}$	$S_{2,1}$	$S_{3,1}$	$S_{4,1}$	$S_{5,1}$	$S_{6,1}$	$S_{7,1}$	$S_{8,1}$	$S_{9,1}$	$S_{10,1}$	$S_{11,1}$	...	$S_{p,1}$
CH_1	CH_2	CH_3	CH_4	CH_5	CH_6	CH_7	CH_8	CH_9	CH_{10}	CH_{11}	...	CH_p

$P_{1,1}$	$P_{1,2}$	$P_{1,3}$	$P_{1,4}$	$P_{1,5}$	$P_{1,6}$	$P_{1,7}$	$P_{1,8}$	$P_{1,9}$	...	$P_{1,N}$
$P_{2,1}$	$P_{2,2}$	$P_{2,3}$	$P_{2,4}$	$P_{2,5}$	$P_{2,6}$	$P_{2,7}$	$P_{2,8}$	$P_{2,9}$	...	$P_{2,N}$
$P_{3,1}$	$P_{3,2}$	$P_{3,3}$	$P_{3,4}$	$P_{3,5}$	$P_{3,6}$	$P_{3,7}$	$P_{3,8}$	$P_{3,9}$	...	$P_{3,N}$
$P_{4,1}$	$P_{4,2}$	$P_{4,3}$	$P_{4,4}$	$P_{4,5}$	$P_{4,6}$	$P_{4,7}$	$P_{4,8}$	$P_{4,9}$	...	$P_{4,N}$
$P_{5,1}$	$P_{5,2}$	$P_{5,3}$	$P_{5,4}$	$P_{5,5}$	$P_{5,6}$	$P_{5,7}$	$P_{5,8}$	$P_{5,9}$	...	$P_{5,N}$
$P_{6,1}$	$P_{6,2}$	$P_{6,3}$	$P_{6,4}$	$P_{6,5}$	$P_{6,6}$	$P_{6,7}$	$P_{6,8}$	$P_{6,9}$	...	$P_{6,N}$
$P_{7,1}$	$P_{7,2}$	$P_{7,3}$	$P_{7,4}$	$P_{7,5}$	$P_{7,6}$	$P_{7,7}$	$P_{7,8}$	$P_{7,9}$	...	$P_{7,N}$
$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$
$P_{M,1}$	$P_{M,2}$	$P_{M,3}$	$P_{M,4}$	$P_{M,5}$	$P_{M,6}$	$P_{M,7}$	$P_{M,8}$	$P_{M,9}$	...	$P_{M,N}$

UI

도면9

$S_{1,t}$	$S_{2,t}$	$S_{3,t}$	$S_{4,t}$	$S_{5,t}$	$S_{6,t}$	$S_{7,t}$	$S_{8,t}$	$S_{9,t}$	$S_{10,t}$	$S_{11,t}$	...	$S_{p,t}$
$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$
$S_{1,6}$	$S_{2,6}$	$S_{3,6}$	$S_{4,6}$	$S_{5,6}$	$S_{6,6}$	$S_{7,6}$	$S_{8,6}$	$S_{9,6}$	$S_{10,6}$	$S_{11,6}$	...	$S_{p,6}$
$S_{1,5}$	$S_{2,5}$	$S_{3,5}$	$S_{4,5}$	$S_{5,5}$	$S_{6,5}$	$S_{7,5}$	$S_{8,5}$	$S_{9,5}$	$S_{10,5}$	$S_{11,5}$	...	$S_{p,5}$
$S_{1,4}$	$S_{2,4}$	$S_{3,4}$	$S_{4,4}$	$S_{5,4}$	$S_{6,4}$	$S_{7,4}$	$S_{8,4}$	$S_{9,4}$	$S_{10,4}$	$S_{11,4}$	...	$S_{p,4}$
$S_{1,3}$	$S_{2,3}$	$S_{3,3}$	$S_{4,3}$	$S_{5,3}$	$S_{6,3}$	$S_{7,3}$	$S_{8,3}$	$S_{9,3}$	$S_{10,3}$	$S_{11,3}$	...	$S_{p,3}$
$S_{1,2}$	$S_{2,2}$	$S_{3,2}$	$S_{4,2}$	$S_{5,2}$	$S_{6,2}$	$S_{7,2}$	$S_{8,2}$	$S_{9,2}$	$S_{10,2}$	$S_{11,2}$	...	$S_{p,2}$
$S_{1,1}$	$S_{2,1}$	$S_{3,1}$	$S_{4,1}$	$S_{5,1}$	$S_{6,1}$	$S_{7,1}$	$S_{8,1}$	$S_{9,1}$	$S_{10,1}$	$S_{11,1}$	...	$S_{p,1}$
CH_1	CH_2	CH_3	CH_4	CH_5	CH_6	CH_7	CH_8	CH_9	CH_{10}	CH_{11}	...	CH_p

$P_{1,1}$	$P_{1,2}$	$P_{1,3}$	$P_{1,4}$	$P_{1,5}$	$P_{1,6}$	$P_{1,7}$	$P_{1,8}$	$P_{1,9}$	...	$P_{1,N}$
$P_{2,1}$	$P_{2,2}$	$P_{2,3}$	$P_{2,4}$	$P_{2,5}$	$P_{2,6}$	$P_{2,7}$	$P_{2,8}$	$P_{2,9}$	...	$P_{2,N}$
$P_{3,1}$	$P_{3,2}$	$P_{3,3}$	$P_{3,4}$	$P_{3,5}$	$P_{3,6}$	$P_{3,7}$	$P_{3,8}$	$P_{3,9}$	...	$P_{3,N}$
$P_{4,1}$	$P_{4,2}$	$P_{4,3}$	$P_{4,4}$	$P_{4,5}$	$P_{4,6}$	$P_{4,7}$	$P_{4,8}$	$P_{4,9}$	...	$P_{4,N}$
$P_{5,1}$	$P_{5,2}$	$P_{5,3}$	$P_{5,4}$	$P_{5,5}$	$P_{5,6}$	$P_{5,7}$	$P_{5,8}$	$P_{5,9}$	...	$P_{5,N}$
$P_{6,1}$	$P_{6,2}$	$P_{6,3}$	$P_{6,4}$	$P_{6,5}$	$P_{6,6}$	$P_{6,7}$	$P_{6,8}$	$P_{6,9}$	...	$P_{6,N}$
$P_{7,1}$	$P_{7,2}$	$P_{7,3}$	$P_{7,4}$	$P_{7,5}$	$P_{7,6}$	$P_{7,7}$	$P_{7,8}$	$P_{7,9}$	...	$P_{7,N}$
$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$
$P_{M,1}$	$P_{M,2}$	$P_{M,3}$	$P_{M,4}$	$P_{M,5}$	$P_{M,6}$	$P_{M,7}$	$P_{M,8}$	$P_{M,9}$	...	$P_{M,N}$

CV_{6,3}

UI

도면10

$S_{6,3}$	$S_{6,3}$								$S_{6,3}$	
	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	...	
										UI

도면11

$S_{1,t}$	$S_{2,t}$	$S_{3,t}$	$S_{4,t}$	$S_{5,t}$	$S_{6,t}$	$S_{7,t}$	$S_{8,t}$	$S_{9,t}$	$S_{10,t}$	$S_{11,t}$	...	$S_{p,t}$
$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$
$S_{1,6}$	$S_{2,6}$	$S_{3,6}$	$S_{4,6}$	$S_{5,6}$	$S_{6,6}$	$S_{7,6}$	$S_{8,6}$	$S_{9,6}$	$S_{10,6}$	$S_{11,6}$	...	$S_{p,6}$
$S_{1,5}$	$S_{2,5}$	$S_{3,5}$	$S_{4,5}$	$S_{5,5}$	$S_{6,5}$	$S_{7,5}$	$S_{8,5}$	$S_{9,5}$	$S_{10,5}$	$S_{11,5}$	...	$S_{p,5}$
$S_{1,4}$	$S_{2,4}$	$S_{3,4}$	$S_{4,4}$	$S_{5,4}$	$S_{6,4}$	$S_{7,4}$	$S_{8,4}$	$S_{9,4}$	$S_{10,4}$	$S_{11,4}$	...	$S_{p,4}$
$S_{1,3}$	$S_{2,3}$	$S_{3,3}$	$S_{4,3}$	$S_{5,3}$	$S_{6,3}$	$S_{7,3}$	$S_{8,3}$	$S_{9,3}$	$S_{10,3}$	$S_{11,3}$	...	$S_{p,3}$
$S_{1,2}$	$S_{2,2}$	$S_{3,2}$	$S_{4,2}$	$S_{5,2}$	$S_{6,2}$	$S_{7,2}$	$S_{8,2}$	$S_{9,2}$	$S_{10,2}$	$S_{11,2}$	...	$S_{p,2}$
$S_{1,1}$	$S_{2,1}$	$S_{3,1}$	$S_{4,1}$	$S_{5,1}$	$S_{6,1}$	$S_{7,1}$	$S_{8,1}$	$S_{9,1}$	$S_{10,1}$	$S_{11,1}$	...	$S_{p,1}$
CH_1	CH_2	CH_3	CH_4	CH_5	CH_6	CH_7	CH_8	CH_9	CH_{10}	CH_{11}	...	CH_p

$P_{1,1}$	$P_{1,2}$	$P_{1,3}$	$P_{1,4}$	$P_{1,5}$	$P_{1,6}$	$P_{1,7}$	$P_{1,8}$	$P_{1,9}$	...	$P_{1,N}$
$P_{2,1}$	$P_{2,2}$	$P_{2,3}$	$P_{2,4}$	$P_{2,5}$	$P_{2,6}$	$P_{2,7}$	$P_{2,8}$	$P_{2,9}$	...	$P_{2,N}$
$P_{3,1}$	$P_{3,2}$	$P_{3,3}$	$P_{3,4}$	$P_{3,5}$	$P_{3,6}$	$P_{3,7}$	$P_{3,8}$	$P_{3,9}$	...	$P_{3,N}$
$P_{4,1}$	$P_{4,2}$	$P_{4,3}$	$P_{4,4}$	$P_{4,5}$	$P_{4,6}$	$P_{4,7}$	$P_{4,8}$	$P_{4,9}$	...	$P_{4,N}$
$P_{5,1}$	$P_{5,2}$	$P_{5,3}$	$P_{5,4}$	$P_{5,5}$	$P_{5,6}$	$P_{5,7}$	$P_{5,8}$	$P_{5,9}$	...	$P_{5,N}$
$P_{6,1}$	$P_{6,2}$	$P_{6,3}$	$P_{6,4}$	$P_{6,5}$	$P_{6,6}$	$P_{6,7}$	$P_{6,8}$	$P_{6,9}$	...	$P_{6,N}$
$P_{7,1}$	$P_{7,2}$	$P_{7,3}$	$P_{7,4}$	$P_{7,5}$	$P_{7,6}$	$P_{7,7}$	$P_{7,8}$	$P_{7,9}$	...	$P_{7,N}$
$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$
$P_{M,1}$	$P_{M,2}$	$P_{M,3}$	$P_{M,4}$	$P_{M,5}$	$P_{M,6}$	$P_{M,7}$	$P_{M,8}$	$P_{M,9}$	...	$P_{M,N}$

CV_{6,4}

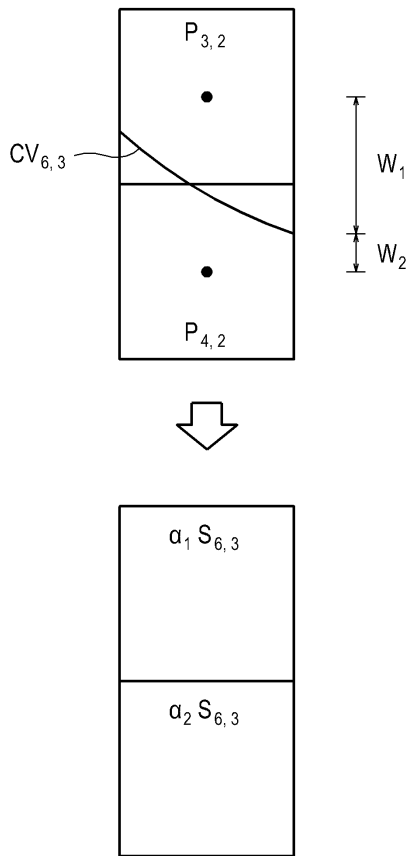
UI

도면12

$S_{6,4}$										
$S_{6,3}$	$S_{6,3}$									$S_{6,3}$
$S_{6,4}$	$S_{6,4}$									$S_{6,4}$
	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	$S_{6,3}$	...	
	$S_{6,4}$	$S_{6,4}$	$S_{6,4}$	$S_{6,4}$	$S_{6,4}$	$S_{6,4}$	$S_{6,4}$	$S_{6,4}$		

UI

도면13



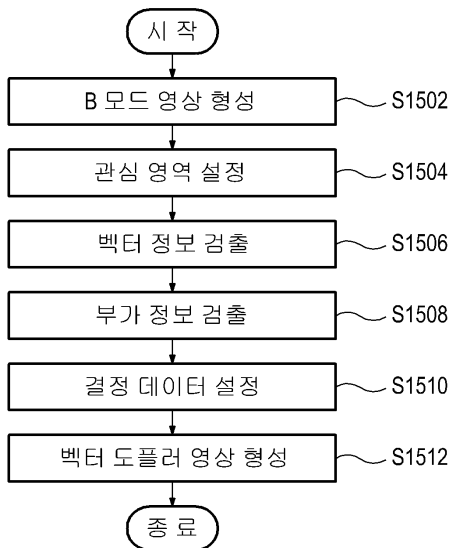
도면14

$S_{1,t}$	$S_{2,t}$	$S_{3,t}$	$S_{4,t}$	$S_{5,t}$	$S_{6,t}$	$S_{7,t}$	$S_{8,t}$	$S_{9,t}$	$S_{10,t}$	$S_{11,t}$	...	$S_{p,t}$
$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$
$S_{1,6}$	$S_{2,6}$	$S_{3,6}$	$S_{4,6}$	$S_{5,6}$	$S_{6,6}$	$S_{7,6}$	$S_{8,6}$	$S_{9,6}$	$S_{10,6}$	$S_{11,6}$	...	$S_{p,6}$
$S_{1,5}$	$S_{2,5}$	$S_{3,5}$	$S_{4,5}$	$S_{5,5}$	$S_{6,5}$	$S_{7,5}$	$S_{8,5}$	$S_{9,5}$	$S_{10,5}$	$S_{11,5}$	...	$S_{p,5}$
$S_{1,4}$	$S_{2,4}$	$S_{3,4}$	$S_{4,4}$	$S_{5,4}$	$S_{6,4}$	$S_{7,4}$	$S_{8,4}$	$S_{9,4}$	$S_{10,4}$	$S_{11,4}$	...	$S_{p,4}$
$S_{1,3}$	$S_{2,3}$	$S_{3,3}$	$S_{4,3}$	$S_{5,3}$	$S_{6,3}$	$S_{7,3}$	$S_{8,3}$	$S_{9,3}$	$S_{10,3}$	$S_{11,3}$	...	$S_{p,3}$
$S_{1,2}$	$S_{2,2}$	$S_{3,2}$	$S_{4,2}$	$S_{5,2}$	$S_{6,2}$	$S_{7,2}$	$S_{8,2}$	$S_{9,2}$	$S_{10,2}$	$S_{11,2}$	...	$S_{p,2}$
$S_{1,1}$	$S_{2,1}$	$S_{3,1}$	$S_{4,1}$	$S_{5,1}$	$S_{6,1}$	$S_{7,1}$	$S_{8,1}$	$S_{9,1}$	$S_{10,1}$	$S_{11,1}$	...	$S_{p,1}$
CH_1	CH_2	CH_3	CH_4	CH_5	CH_6	CH_7	CH_8	CH_9	CH_{10}	CH_{11}	...	CH_p

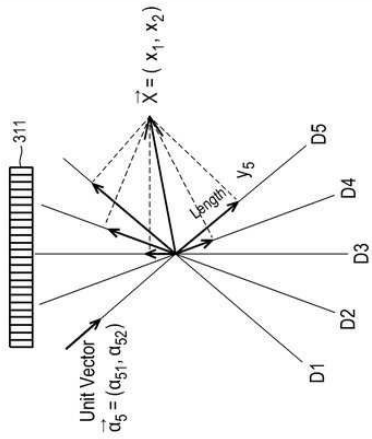
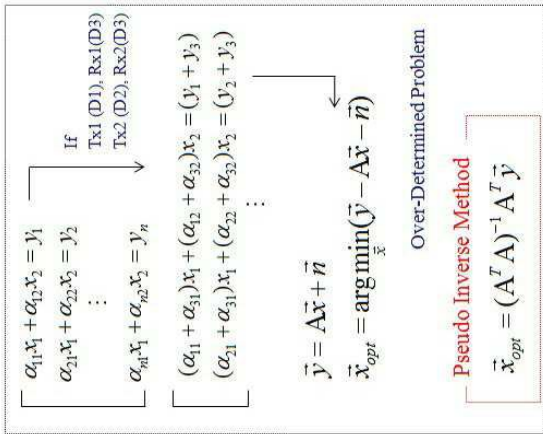
$P_{1,1}$	$P_{1,2}$	$P_{1,3}$	$P_{1,4}$	$P_{1,5}$	$P_{1,6}$	$P_{1,7}$	$P_{1,8}$	$P_{1,9}$	...	$P_{1,N}$
$P_{2,1}$	$P_{2,2}$	$P_{2,3}$	$P_{2,4}$	$P_{2,5}$	$P_{2,6}$	$P_{2,7}$	$P_{2,8}$	$P_{2,9}$	...	$P_{2,N}$
$P_{3,1}$	$P_{3,2}$	$P_{3,3}$	$P_{3,4}$	$P_{3,5}$	$P_{3,6}$	$P_{3,7}$	$P_{3,8}$	$P_{3,9}$	...	$P_{3,N}$
$P_{4,1}$	$P_{4,2}$	$P_{4,3}$	$P_{4,4}$	$P_{4,5}$	$P_{4,6}$	$P_{4,7}$	$P_{4,8}$	$P_{4,9}$	...	$P_{4,N}$
$P_{5,1}$	$P_{5,2}$	$P_{5,3}$	$P_{5,4}$	$P_{5,5}$	$P_{5,6}$	$P_{5,7}$	$P_{5,8}$	$P_{5,9}$	...	$P_{5,N}$
$P_{6,1}$	$P_{6,2}$	$P_{6,3}$	$P_{6,4}$	$P_{6,5}$	$P_{6,6}$	$P_{6,7}$	$P_{6,8}$	$P_{6,9}$	...	$P_{6,N}$
$P_{7,1}$	$P_{7,2}$	$P_{7,3}$	$P_{7,4}$	$P_{7,5}$	$P_{7,6}$	$P_{7,7}$	$P_{7,8}$	$P_{7,9}$	...	$P_{7,N}$
$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$	$\vdots$
$P_{M,1}$	$P_{M,2}$	$P_{M,3}$	$P_{M,4}$	$P_{M,5}$	$P_{M,6}$	$P_{M,7}$	$P_{M,8}$	$P_{M,9}$	...	$P_{M,N}$

UI

도면15



도면16



专利名称(译)	超声系统和基于决策数据提供矢量多普勒图像的方法		
公开(公告)号	KR101323330B1	公开(公告)日	2013-10-29
申请号	KR1020110144432	申请日	2011-12-28
[标]申请(专利权)人(译)	三星麦迪森株式会社		
申请(专利权)人(译)	三星麦迪逊有限公司		
当前申请(专利权)人(译)	三星麦迪逊有限公司		
[标]发明人	CHOI SEOK WON 최석원		
发明人	최석원		
IPC分类号	A61B8/06 A61B8/14 G06T7/20		
CPC分类号	A61B8/5207 A61B8/06 A61B8/14 A61B8/463 A61B8/469 A61B8/488 A61B8/5246 G01S7/52085 G01S15/8984		
其他公开文献	KR1020130076031A		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

目的：通过根据血流量提供矢量多普勒图像，提供基于判定数据提供矢量多普勒图像的超声系统和方法，以帮助掌握和诊断病变中的血流特征。组织：处理器（130）检测对象的矢量信息和附加信息。处理器使用附加信息设置与对象相对应的判定数据。处理器使用判定数据和矢量信息形成矢量多普勒图像。超声波数据获取部（120）将超声波信号发送给人体。超声波数据采集部分接收从身体反射的超声波信号。

